

# Cedars-Sinai Cardiac Suite

## Cedars-Sinai 心臓検査スイート ユーザーマニュアル

CSI, QGS + QPS / QPET, QBS, ARG, Moco, AutoRecon

バージョン 2017 改訂 H (2024-03)

この文書と其中で説明されているテクノロジーは Cedars-Sinai Medical Center の所有物であり、その権限を与えられた担当社員からの許可なしで複製の作成、配布、使用等はできません。本書は非公開文書であり、企業機密および著作権の法的保護下にあります。

## 保証と著作権について

Cedars-Sinai Medical Centerはこの文書に間違いがないよう万全を期しておりますが、Cedars-Sinai Medical Centerは間違いや記載漏れがあっても、一切責任を負わないこと、また、予告なしにこれらの製品に変更を加える権限を保持することをここに明記します。このマニュアルには、いかなる保証もありません。明記されているかいないかにかかわらず、その商品価値や用途への適合性も含めて、なにも保証しません。Cedars-Sinai Medical Centerはこのマニュアルに記載されている製品やプログラムの変更改善を随時行うことができます。

このマニュアルには著作権法によって保護されている情報が含まれています。すべての権利は著作権保有者に帰属します。このマニュアルのどの部分も、複製、複製、他言語への翻訳などを行うには、Cedars-Sinai Medical Centerからの文書による承諾が必要です。

Cedars-Sinai Medical Centerには、適宜この出版物の内容の改訂変更を行う権利があり、そのことに関して通知する義務はないことをここに明記します。

Copyright © 2024 Cedars-Sinai Medical Center  
8700 Beverly Blvd  
Los Angeles, CA, 90048, USA  
所有権保持者: Cedars-Sinai Medical Center

## Prescription Device (医師の指導が必要な医療機器) 宣言

米国連邦法により、本製品の販売は、医師 (または資格のある医療従業者) によるもの、またはそのような者の指示によるものに限定されます。

## 免責

該当システム/ソフトウェアの使用に当たって、適切な取扱説明書その他のすべての付属文書に記載されている指示や安全上の注意事項に忠実に従わずに使用した場合や、本製品に対して上記製作者によって承認されていない変更を加えて使用した場合、本製品の使用に起因する身体への危害や物品への損傷に対して、Cedars-Sinai Medical Centerにもその親会社や世界各地の関連会社にも、その損害賠償の責任や義務は一切ありません。

## 商標

Cedars-Sinai、QGS、QPSはCedars-Sinai Medical Centerの商標です。

ADAC®、AutoQUANT®、AutoSPECT®、AutoSPECT®Plus、CardioMD®、CPET®、ENsphere®、Forte™、GEMINI™、GENESYS®、InStill®、IntelliSpace®、JETSphere™、JETStream®、MCD/AC™、Midas™、Pegasys™、Precedence™、SKYLight®、Vantage™、および Vertex™ は Philips Medical Systems の商標または登録商標です。

Adobe、Adobeのロゴ、Acrobat、Acrobatのロゴ、PostScriptはAdobe Systems Incorporatedまたはその子会社の商標です。地域によっては登録商標になっているものもあります。

UNIX®はThe Open Groupの登録商標です。

LinuxはLinus Torvaldsの商標です。地域によっては登録商標になっている場合もあります。

MicrosoftとWindowsはアメリカ合衆国およびその他の国におけるMicrosoft Corporationの商標または登録商標です。

その他のブランド名や製品名はそれぞれの所有者の商標または登録商標です。



## 規制情報



Cedars-Sinai Medical Center  
8700 Beverly Blvd  
Los Angeles, CA 90048  
USA  
電話: +1 (844) 276-2246  
E メール: support@csaim.com



**CE マーク**  
Cedars-Sinai 心臓検査スイートの CE マークはこの製品が医療機器指令 93/42/EEC に適合することを示します。



医療機器



アメリカ合衆国で製造

Basic UDI-DI

08646870002473P



<http://www.csaim.com/ifu>

**R<sub>x</sub> Only**

注意: 米国連邦法により、本製品の販売は、医師 (または資格のある医療従業者) によるもの、またはそのような者の指示によるものに限定されます {21 CFR 801.109(b)(1)}。

## 正式代表者

**EC REP**

MediMark® Europe Sarl  
11 rue Emile Zola, BP 2332  
38033 Grenoble Cedex 2, FRANCE  
電話: +33 (0)4 76 17 19 82  
FAX 番号: +33 (0)4 76 17 19 82  
E メール: info@medimark-europe.com

---

**CH REP**

MedEnvoy Switzerland  
Gotthardstrasse 28  
6302 Zug, Switzerland

---

**UK REP**

Advena Ltd  
Pure Offices  
Plato Close  
Warwick CV34 6WE  
England, United Kingdom

---

Australian Sponsor

Emergo Australia  
Level 20 Tower II  
Darling Park  
201 Sussex Street  
Sydney, NSW 2000  
オーストラリア

## ユーザーサポート情報

サービスやサポートについてのお問い合わせは、販売元のカスタマーサポート電話番号をご利用ください。

ソフトウェアを直接 Cedars-Sinai Medical Center から購入された場合は、以下の電子メール:

**support@csaim.com**

または以下の電話をご利用ください。:

**+1-844-CSMC-AIM (+1-844-276-2246)**

## オンライン文書

本ユーザーマニュアルは、以下の場所から英語および他の対応言語で閲覧およびダウンロードすることができます:

**<https://csaim.com/ifu>**

## 印刷コピー

上記のサポートアドレスに電子メールを送って、本文書の印刷コピーを要求することができます。正しい郵送先住所並びに、この文書リフェレンスを含めてください。:

**USRMAN-2017-H-JA**

### 警告

ご使用のワークステーションのベンダーによって直接承認されていないソフトウェアアプリケーションをインストールしないでください。システムの保証とサポートは納品時の構成に対してのみ適用されます。システム要件の詳細については、ベンダーからのマニュアルを参照してください。

ワークステーションに Cedars-Sinai 心臓検査スイートをインストールすることができるのは、その認定資格のあるサービスエンジニアまたはアプリケーションスペシャリストのみです。

## 目次

|       |   |    |
|-------|---|----|
| 1     | 概要  | 9  |
| 1.1   | 用途  | 9  |
| 1.2   | デバイスの記述                                       | 9  |
| 1.3   | 禁忌  | 12 |
| 1.4   | 臨床的利点   | 12 |
| 1.5   | 使用対象患者  | 12 |
| 1.6   | 大きな事故の報告                                      | 12 |
| 1.7   | 干渉リスク   | 12 |
| 1.8   | 新機能   | 12 |
| 1.8.1 | 2017  | 12 |
| 1.8.2 | 2015  | 13 |
| 1.8.3 | 2013  | 13 |
| 1.9   | メンテナンス  | 15 |
| 1.10  | 正確性に関する説明                                     | 15 |
| 1.11  | 表記規則  | 22 |
| 1.12  | 警告と注意   | 22 |
| 2     | セットアップ手順                                      | 24 |
| 3     | 取り扱いの説明                                       | 25 |
| 3.1   | CSImport                                      | 25 |
| 3.1.1 | 初期セットアップ                                      | 26 |
| 3.1.2 | アプリケーションの起動                                   | 27 |
| 3.1.3 | データのインポート                                     | 28 |
| 3.1.4 | ローカルディスクからデータをインポートする                         | 28 |
| 3.1.5 | リモートシステムからデータをインポートする                         | 30 |
| 4     | SPECT/PET 定量化アプリケーション - QGS (心電同期) + QPS (灌流) | 38 |
| 4.1   | 言語の選択   | 39 |
| 4.2   | ファイルの選択 (被検者の例を使用)                            | 39 |
| 4.3   | 起動  | 40 |
| 4.4   | 画質の評価   | 41 |
| 4.5   | 回転投影画像を評価する                                   | 42 |
| 4.6   | スライス画像の処理                                     | 44 |
| 4.6.1 | グループ処理  | 46 |

|        |  |    |
|--------|--|----|
| 4.6.2  | 輪郭線の確認 .....   | 46 |
| 4.7    | 輪郭線の変更 (Manual [手動] ページ).....                          | 48 |
| 4.8    | スライスページで心電同期 SPECT 画像を評価する.....                        | 50 |
| 4.9    | スプラッシュページで心電同期や加算 (非同期) SPECT 画像を評価する .....            | 51 |
| 4.9.1  | スコアボックスの使用 .....                                       | 53 |
| 4.10   | 壁面ページで SPECT 画像を評価する .....                             | 55 |
| 4.11   | 複数壁面ページで心電同期 SPECT 画像を評価する .....                       | 57 |
| 4.12   | 全部をまとめる : QPS の結果ページ .....                             | 57 |
| 4.12.1 | 極座標マップを評価する .....                                      | 58 |
| 4.12.2 | Smart defect editor (スマート欠陥エディタ).....                  | 59 |
| 4.13   | 全部をまとめる : QGS の結果ページ.....                              | 59 |
| 4.13.1 | 時間-容積グラフを評価する .....                                    | 60 |
| 4.13.2 | 極座標マップを評価する .....                                      | 61 |
| 4.13.3 | ピクセル(ボクセル) サイズ .....                                   | 62 |
| 4.14   | 位相分析 .....   | 62 |
| 4.15   | 動態分析 - 冠動脈の血流予備能.....                                  | 63 |
| 4.15.1 | 動態ページの要件 .....   | 64 |
| 4.15.2 | 動態ページの表示内容 .....                                       | 64 |
| 4.15.3 | 新しい動態ページ機能 .....                                       | 66 |
| 4.16   | 右心室 (RV) の定量化.....                                     | 67 |
| 4.17   | カルシウムスコア .....   | 67 |
| 4.18   | 取り込み分析.....  | 68 |
| 4.19   | 結果を保存する .....  | 70 |
| 4.20   | 終了 .....   | 70 |
| 5      | QBS アプリケーション (Quantitative Blood Pool : 心プールの定量化)..... | 71 |
| 5.1    | QBS の起動.....   | 72 |
| 5.2    | 回転する投影画像を評価する .....                                    | 73 |
| 5.3    | スライス画像の処理.....   | 74 |
| 5.4    | QBS 輪郭線の点検 .....                                       | 75 |
| 5.5    | 輪郭線の変更 (Manual [手動] ページ).....                          | 75 |
| 5.6    | スライスページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する .....                   | 79 |
| 5.7    | スプラッシュページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する.....                  | 80 |
| 5.8    | 壁面ページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する .....                     | 82 |

|        |   |    |
|--------|---|----|
| 5.9    | 複数壁面ページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する .....        | 83 |
| 5.10   | 全部をまとめる：結果ページ.....                          | 83 |
| 5.10.1 | 時間-容積グラフを評価する .....                         | 84 |
| 5.10.2 | 極座標マップを評価する .....                           | 84 |
| 5.10.3 | 拡張機能 .....                                  | 85 |
| 5.11   | 位相分析 .....                                  | 86 |
| 5.12   | Muga ページ .....                              | 86 |
| 5.12.1 | ピクセルサイズ .....                               | 87 |
| 5.13   | 結果を保存する .....                               | 88 |
| 6      | AutoRecon アプリケーション (自動再構成) .....            | 89 |
| 6.1    | AutoRecon の起動.....                          | 89 |
| 6.1.1  | 上部パネルのコントロール .....                          | 89 |
| 6.2    | ワークフロー .....                                | 90 |
| 7      | MoCo アプリケーション (Motion Correction：体動補正)..... | 95 |
| 7.1    | 表示領域 .....                                  | 95 |
| 7.2    | カラーコントロール.....                              | 96 |
| 7.3    | データセットセレクト .....                            | 96 |
| 7.4    | 表示領域のコントロール.....                            | 97 |
| 7.5    | MoCo のコントロール .....                          | 98 |
| 8      | トラブルシューティング .....                           | 99 |



# 1 概要

## 1.1 用途

Cedars-Sinai Medical Center (CSMC) 心臓検査スイートは心臓核医学の画像とデータセットを自動的に表示、評価、定量化するためのアプリケーション群です<sup>1</sup>。CSMC 心臓検査スイートは病院、診療所などの各種医療施設で使用でき、遠隔使用も可能です。その結果は医療画像デバイスの使用に関する教育を受けた資格のある医療専門家(放射線技師、心臓専門医、核医学専門医など)によって評価される必要があります。

## 1.2 デバイスの記述

Cedars-Sinai 心臓検査スイートは心臓の SPECT および PET の画像処理と評価のための独立したソフトウェアソリューションです。Cedars-Sinai 心臓検査スイート(ビューアを除く)の最低限のシステム要件には、4GB RAM、ソフトウェアのインストールに 2GB のハードディスク領域、ディスプレイ解像度 1280x1024 と 16-ビット色、ネットワークアダプター、マウス(またはトラックパッド、トラックボールその他のポイントデバイス)、及びサポートされているオペレーティングシステムの一つが含まれます。CSMC 心臓検査スイートは、カメラとは独立に再構成された SPECT および/または PET 画像ファイル、そして心臓 CT 画像ファイルを処理できます。

CSMC 心臓検査スイートは QGS+QPS (Quantitative Gated SPECT + Quantitative Perfusion SPECT: 心電同期 SPECT 定量化+灌流 SPECT 定量化)を 1 つのアプリケーションにまとめた AutoQUANT と CSImport アプリケーションを含む包括的なアプリケーションスイートとして販売されます。これによって核医学検査からの定量的および定性的な情報を自動的に処理して評価することができます。さらにオプションとして Quantitative Blood Pool SPECT (QBS: 心プール SPECT 定量化)、QARG (レポート作成用)、Fusion (SPECT/CT/CTA や PET/CT/CTA のフュージョン)、AutoRecon、Motion Correction (MOCO: 体動補正)、および QPET を購入できます。QPET には生存能の数値化機能と PET スタディの処理に使用する追加の正常値データベース 2 つ (rubidium と ammonia) も含まれています。

QGS + QPS は Quantitative Perfusion SPECT (QPS) と Quantitative Gated SPECT (QGS) を組み合わせて 1 つのアプリケーションにしたものです。Quantitative Perfusion SPECT (QPS: 灌流 SPECT 定量化) は LV (左心室) と RV (右心室) の抽出と分析のためのアプリケーションです。QPS は灌流心臓 SPECT および PET のデータセットを数値化して評価するためのツールであり、左心室の場所、向き、寸法を判断して心臓の 3D 輪郭線マップを作成し、心容積を計算します。この情報は、心臓の解剖学的機能および生理的機能の評価に使用され、包括的な画像モダリティの統合によって心筋欠陥の有無が分析されます。負荷時-安静時の画像の位置合わせは負荷時と安静時の画像の違いを直接検出する方法です。これは実用的な完全に自動化されたアルゴリズムによって負荷時と安静時のスキャンのペアから負荷によって誘発される変化の数値化を行います。特定プロトコルのデータベースを要求しません。伏臥-仰臥数値化機能は、伏臥と仰臥のデータセットの組み合わせだけでなく、伏臥画像での灌流定量分析も可能にします。これは、伏臥画像と仰臥画像での欠陥の相対的な位置に基づいて画像のアーチファクトを自動的に取り除く発見的規則を適用することによって行われます。形状指標パラメータは左心室の 3D 形状を定義するもので、収縮末期と拡張末期における左心室の輪郭線から導出されます。QPS には、低尤度健常者の検査から作成された正常値範囲に基づく心筋灌流の数値化アルゴリズムがあります。このアルゴリズムは大きな患者グループで検証され、単純化された正常値範

<sup>1</sup> 参照:「1.2. デバイスの記述」

困が使用されたにも関わらず同等の診断パフォーマンスを得ています。付属の正常値データベース (女性用と男性用) として Prone Stress MIBI (伏臥負荷時 MIBI)、Rest MIBI (安静時 MIBI)、Rest MIBI AC (安静時 MIBI 減弱補正済み)、Rest Thallium (安静時 Thallium)、Stress MIBI (負荷時 MIBI)、Stress MIBI AC (負荷時 MIBI 減弱補正済み)、Stress Thallium (負荷時 Thallium) が用意されています。Rubidium for PET (PET 用 Rubidium) と Ammonia for PET (PET 用 Ammonia) はオプションの正常値データベースとして提供しています。QPS はユーザーによる正常値範囲ファイルの生成機能を単純化した方法で提供します。QPS には欠陥の範囲と重症度の値を組み合わせた変数として TPD (Total Perfusion Deficit: 全灌流欠陥領域) もあります。新しい品質管理機能 (QC) は自動的に定量セグメント化のエラーを検出します。エラーが発生した場合は自動的に別のアルゴリズムが適用されます。Quantitative Gated SPECT (QGS: 心電同期 SPECT 定量化) は LV (左心室) と RV (右心室) の抽出と分析のためのアプリケーションです。QGS は機能的な心臓 SPECT および PET のデータセットを数値化して評価するためのツールであり、左心室の場所、向き、寸法を判断して心臓の 3D 輪郭線マップを作成し、左心室壁の立体領域を計算します。この情報は、心臓の解剖学的機能および生理的機能の評価に使用され、包括的な画像モダリティの統合によって心筋欠陥の有無が分析されます。QGS ページに新しく追加された Phase [位相] ページから心電同期データセットの位相情報にアクセスできます。心臓の灌流や生存能の「動き凍結」画像を作成する新しい手法が追加されました。これは ECG 同期画像を収縮末期の位置に変形して重ねることによって行われます。このような心臓の灌流や生存能の「動き凍結」画像は、心臓の動きによる画像のぼけを取り除き、解像度とコントラストを向上します。新しい品質管理機能 (QC) は自動的に定量セグメント化のエラーを検出します。エラーが発生した場合は自動的に別のアルゴリズムが適用されます。QGS+QPS は TID (transient ischemic dilation: 一過性虚血性拡張) と LHR (Lung Heart Ratio/Counts: 心肺係数または心肺計数) の計算と表示もできます。すべての使用可能なデータセットの左心室の形状を同時に計算するためのグループ処理アルゴリズムが追加されました。このアルゴリズムによって、データセットの中に部位構造を確定できない領域を持つものがある場合、すべての使用可能な情報を利用してスタディ間に恣意的な矛盾を発生させないような判定が可能になります。

QBS (Quantitative Blood Pool SPECT: 心プール SPECT 定量化) はオプションとして提供しているアプリケーションです。QBS は、心電同期短軸心プール (赤血球) SPECT の自動セグメント化と定量化を行う対話型の独立したアプリケーションです。このアプリケーションは、3D 心電同期短軸心プール画像から左右の心室壁面および弁平面の自動作成、左右の心室容積と駆出率の自動計算、壁運動とパラメトリック値 (FFH の振幅と位相) を表す極座標マップの計算と表示、American College of Cardiology (ACC: アメリカ合衆国心臓学会) 標準の心臓 SPECT 規則を使った 2D 画像の表示、および 3D 画像の表示に使用できます。さらに、データから抽出された等価曲面と算出された内壁をさまざまな方法で組み合わせる機能 (内壁輪郭はワイヤフレーム、陰影曲面、その両方、またはパラメトリックで表示可能)、壁面にパラメトリック値 (フォーリエ第 1 高周波 (FFH) の振幅と位相) をマップする機能、心電同期プラナー画像、心電同期生投影画像、および心電同期短軸画像のパラメトリック画像 (FFH 振幅と位相) を表示する機能、未補正画像のシネループを表示する機能、ROI およびユーザー選択しきい値として自動および半自動で計算された壁面を使用して放射線カウント数に基づく数値を生成する機能、FFH 位相画像の位相ヒストグラムを作成して表示する機能、心房と心室のボクセル数に対応するピーク値の平均と標準偏差を表示する機能があります。心室をセグメントに分割した後、心室ごとの位相ヒストグラムが計算され表示されます。すべての心電同期画像の正規化画像 (不整脈によるカウント数低下を見せない画像など) を表示する機能もあります。さらに QBS では、自動アルゴリズムが右心室との分離に失敗した場合や満足な結果を出さなかった場合には、左心室領域の手動定義ができ、補間法による時間一

容積グラフから充満速度を導出する機能や、壁面画像の回転、ズーム、シネ (アニメーション) 機能も備えています。

QGS+QPS のオプションとして核医学画像のフュージョンパッケージがハイブリッドアプリケーション (SPECT/CT および PET/CT) 用に用意されています。フュージョンオプションにはセグメント化されラベル付けされた冠動脈を PET 3D データと共に表示できるページがあります。機能としては、アルファ混合を使用した直交平面、重ねて表示できるウィンドウ、カーソルの同期化などがあります。これは SPECT/CT/CTA または PET/CT/CTA の位置合わせ品質管理と、マルチモダリティでのフュージョンを可能にします。この機能は視覚的に重ね合わせた画像の表示を提供するために使用されます。また、PET 分析には「冬眠心筋」の評価 (ミスマッチと生存能) が含まれています。このモジュールは低灌流領域の PET 灌流画像と生存能画像との間の違いを数値化することによって「冬眠心筋」の定量分析を行います。瘢痕およびミスマッチのパラメータは、左心室に対する割合として計算され、極座標マップの座標や 3D 壁面画像の上に表示できます。SPECT/PET データセットと CTA/CT データセットを自動的に位置合わせする新しい位置合わせのアルゴリズムが追加されました。

Quantitative PET (QPET) は、スタティックおよび心電同期心筋灌流 PET の自動セグメント化、定量化、分析を追加するオプションのモジュールです。短軸データセットとトランスバースデータセットの両方をサポートします。QPET モジュールは、心筋内の血流量の絶対値の計算のようなダイナミック PET 機能を備えています。

CSImport はデータセットを各種のデータ源からインポートしてローカルのデータベースに保存するためのアプリケーションです。インポートしたデータを処理する各種のアプリケーションをここから起動できます。CSImport は各種のデータ管理ツールも提供します。その一つの DICOM Store (DICOM ストア) Service Class Provider (SCP: サービスクラスプロバイダ) サービスは、処理と評価のために DICOM 準拠システムがローカル PC に画像をプッシュできるようにします。

AutoRecon は心臓の画像を主体とした、生のトモグラフィデータ (生の投影画像) の再構成と断面変換 (向きの変更) がワンステップでできるアプリケーションです。フィルタと再構成のオプションには逐次近似再構成も含まれ、自動断面変換 (向きの変更) (>95%) もできます。AutoRecon は単一光子エミッションコンピュータ断層撮影 (SPECT: single-photon emission computed tomography) スタディの自動処理モジュールを提供します。主に心臓検査のデータを対象にして設計されていますが、他の種類の SPECT スタディに適用できる機能もたくさんあります。AutoRecon には三次元のトランスアキシヤル心筋灌流 SPECT 画像の自動断面変換 (向きの変更) 機能があります。AutoRecon は、再構成、断面変換、運動、フィルタの 4 つのモジュールで構成されています。各モジュールにはそれに固有のタスクを実行するためのコントロールとデータアクセスを提供する画面が関連付けられています。プログラムは、データセットの手動操作にも、ユーザーの介入なしで一括モードでのデータ処理にも使用できます。一致する安静時と負荷時のデータセットが用意されている場合、AutoRecon は自動的にデュアルモードになります。

MoCo (Motion Correction - 体動補正) は SPECT 収集の体動アーチファクトを自動補正または手動補正するためのオプションのアプリケーションです。収集された投影画像のセットに対してパターンマッチングとセグメント化アルゴリズムの組み合わせが体動エラー指標の低減のために使用され、体動補正された投影画像がオペレーターによる確認または修正のために表示されます。

ARG/QARG (Cedars-Sinai レポート作成) は、心臓核医学の総合レポートを作成するツールです。QARG には、データ収集、データ整合性検証、レポート作成、検索の各ユーティリティ、さらには管理用のツールが含

まれています。データ収集の過程では、自動的にプロンプトが表示され、ユーザーに潜在的なデータ不整合を解決する機会が与えられます。データの収集が完了すると、レポートが作成されます。レポートには算出された値だけでなく、検査を依頼した医師にそのまま送ることができる明瞭な説明文も含めることができます。QARG は、3 つのすべてのソースからのデータを統合して単一の総合レポートを作成するツールです。

CSView (Cedars-Sinai ビューア) は、プラナー核医学 (NM) 研究に重点をおいた、一般的な医学画像ビューアとして設計されたアプリケーションです。CSView はカスタム化したレイアウト、画像編集コントロール、輝度／コントラスト調整、カラースケール、ズーム、パン、回転、フリップングを含みます。CSView はまた、均一性解析ツールも含みます。

その結果は医療画像デバイスの使用に関する教育を受けた資格のある医療専門家 (放射線技師、心臓専門医、核医学専門医など) によって評価される必要があります。

### 1.3 禁忌

Cedars-Sinai 心臓検査スイートの使用には、絶対的禁忌はありません。

### 1.4 臨床的利点

Cedars-Sinai 心臓検査スイートは、通常の使用条件下で意図する性能が発揮されます。Cedars-Sinai 心臓検査スイートは、心臓疾患と障害の際に、病変と臓器機能の検出、局在、および診断における補助として使うことにより、健康への良い効果があります。Cedars-Sinai 心臓検査スイートは、心臓およびその他の疾患管理の補助として使うと、健康に良い影響を及ぼします。

### 1.5 使用対象患者

Cedars-Sinai 心臓検査スイートは、適合する医療スキャンが実施された全患者の画像の表示、評価、定量化に使用することができます (セクション 1.2、デバイスの記述を参照)。使用対象患者に除外はありません。

### 1.6 大きな事故の報告

この医療機器を使って大きな事故が起きた場合、メーカーとユーザー／患者の国の管轄医療当局に報告します。

### 1.7 干渉リスク

使用目的の範囲内で使用する場合、他の機器との干渉リスクは知られていません。

### 1.8 新機能

このバージョンの CSMC 心臓検査スイートには多くの新機能が追加されています。そのうちの主要なものは次のとおりです。

#### 1.8.1 2017

- QGS+QPS、QPET、QBS

- 冠動脈石灰化スコアの定量化。
- **SPECT CFR/MBF** 定量化。
- CFR/MBF 定量化に使われる**動的 PET/SPECT データセットの体動補正**。
- **Planar Bloodpool (Muga)** スキャンの定量化。
- カウントが減少した画像を処理するための **3D 逐次近似アルゴリズム**。
- PET 用生の**投影画像 (MIPS)**。
- 心筋輪郭から計算した **LV カウント**。
- **更新済みの Splash** ページ。
- Cedars のレポート
  - 準拠および構造化されたレポート作成のための**簡易レポート作成ツール**。

## 1.8.2 2015

- QGS+QPS、QPET、QBS
  - **右心室 (RV) QGS+QPS** で心電図同期データセットの定量化ができるようになりました。
  - QGS+QPS と QBS の新しい **Quality [画質]** ページでは、簡単に生のデータセットの画質を調べて収集エラーがなかったかどうかを確認できます。
  - QGS+QPS の新しい **Smart Defect Editor (スマート欠陥エディタ)** では、灌流極座標マップ上で欠陥領域を編集できます。
  - QGS+QPS の新しい **Fast Dataset Selector (高速データセットセレクタ)** 機能によって、データセットのさまざまな組み合わせやレイアウトを手軽に切り替えることができるようになりました。
  - QGS+QPS、QPET、および QBS の新しい **Color Scale Manager (カラースケールの管理)** によって、カラースケール用のカラーパレットファイルをインポート/エクスポートできるようになりました。
  - QGS+QPS では、**位相分析**アルゴリズムが変更されました。これは、拡張期と収縮期との間での弁平面の動きが原因となっていて、実際の心筋壁厚変化に対応しない心基部カウントの変動を除去するために行われました。
  - QGS+QPS および QPET の**グループ処理 / 再現性オプション**によって、すべての使用可能なデータセットを同時に評価して左心室の構造を判定できます。
- QARG
  - **HL7** が Automated Report Generator (ARG) を使って生成する構造化レポートで使用できるようになりました。
  - **Advanced Distribution Server (高機能配布サーバー)** によって、確定されたレポートの配布方法に複数のオプションが使用できるようになりました。
  - **MIBG** のレポート作成に対するサポートが追加されました。

## 1.8.3 2013

- CSImport は完全なオーバーホールによって、ユーザーインターフェイスも性能も改善されました。新機能には次のようなものがあります。
  - SQL データベースバックエンドのサポート。
  - QARG に似たユーザーとサイトを中心としたアクセス制御。

- データの保存をプライベートにするかパブリックにするかのユーザーごとの設定。
- 強化されたタスク管理システム。
- 削除済みの項目を復活するための削除済み項目管理ユーティリティ。
- インポート、置換、削除、その他の操作のログ記録の強化。
- スタディのマージやリンクのオプション。
- 被検者の姿勢 (仰臥/伏臥/。。。)、同期信号 (スタティック/心電同期/ダイナミック)、被検者の状態 (安静時/負荷時/。。。)、等々に対する詳細フィルタオプション。
- **QARG** には機能強化と新機能が多数含まれています。新機能には次のようなものがあります。
  - 心プールスタディ (QBS に対する統合サポート)、ピロリン酸スタディおよび CTA スタディへのサポート
  - ASNC ガイドラインに基づいた適切な使用方法の高度判定基準エンジン
  - 詳細管理レポート生成の自動化オプション。
  - レポート配布の高度なエンジン
  - 単純化されたユーザーインターフェイスとレポートテンプレート。
  - 標準規格の IAC (旧 ICANL) 準拠 1 ページレポートテンプレート。
  - 複数のスタディやレポートを開くためサポート。
- **QGS+QPS** と **QBS** に複数モニタ (無制限) 表示モード。

## 1.9 メンテナンス

Cedars-Sinai 心臓検査スイートのバージョン 2017 は、マイナーな新しい機能とクリティカルでないバグ修正のために随時更新される場合があります。ユーザーには更新の利用が可能になると通知されます。

## 1.10 正確性に関する説明

Cedars-Sinai 心臓検査スイートは、診断や治療的な推奨の実施を意図したものではなく、心臓核医学の画像とデータセットを自動的に表示、評価、定量化するためのアプリケーション群です。Cedars-Sinai 心臓検査スイートは病院、診療所などの医療施設で利用できるほか、遠隔導入も可能です。結果は医療画像デバイスを用いた診察の資格を有する医療専門家(放射線医、心臓専門医、核医学専門医など)が診断する必要があります。

Cedars-Sinai 心臓検査スイートのアプリケーションは、20 年以上にわたり世界中で常に選ばれています。アプリケーションは、学会誌に発表後、多数引用された研究を通じて検証されたアルゴリズムと方法論を採用、うち以下が代表的です。

| カテゴリー<br>↳ 指標      | 説明           | 参考文献  |
|--------------------|--------------|---|
| <b>左室セグメンテーション</b> |              |   |
| 容積                 | 左室容積、同期あり/なし | Germano G, Kiat H, Kavanagh PB, Moriel M, Mazzanti M, Su HT, Van Train KF, Berman DS. Automatic quantification of ejection fraction from gated myocardial perfusion SPECT. J Nucl Med. 1995 Nov;36(11):2138-47. PMID: 7472611.                                  |
| EDV                | 拡張終期の左室容積    | Germano G, Erel J, Kiat H, Kavanagh PB, Berman DS. Quantitative LVEF and qualitative regional function from gated thallium-201 perfusion SPECT. J Nucl Med. 1997 May;38(5):749-54. PMID: 9170440.   |
| ESV                | 収縮終期の左室容積    | Germano G, Kavanagh PB, Waechter P, Areeda J, Van Krieking S, Sharir T, Lewin HC, Berman DS. A new algorithm for the quantitation of myocardial perfusion SPECT. I: technical principles and reproducibility. J Nucl Med. 2000 Apr;41(4):712-9. PMID: 10768574. |
| SV                 | 左室拍出量        | Sharir T, Germano G, Waechter PB,   |
| EF                 | 左室駆出率        |   |

Kavanagh PB, Areeda JS, Gerlach J, Kang X, Lewin HC, Berman DS. A new algorithm for the quantitation of myocardial perfusion SPECT. II: validation and diagnostic yield. J Nucl Med. 2000 Apr;41(4):720-7. PMID: 10768575.

## 灌流分析

|             |  |  |
|-------------|--|--|
| セグメントの灌流スコア | 17/20 セグメント灌流および可逆性スコアおよびパーセンテージ (SSS、SRS、SDS、SS%、SR%、SD%) | Slomka PJ, Nishina H, Berman DS, Akincioglu C, Abidov A, Friedman JD, Hayes SW, Germano G. Automated quantification of myocardial perfusion SPECT using simplified normal limits. J Nucl Cardiol. 2005 Jan-Feb;12(1):66-77. doi: 10.1016/j.nuclcard.2004.10.006. PMID: 15682367. |
| 合計灌流スコア     | セグメントの灌流と可逆性スコアおよびパーセンテージの合計 (SSS、SRS、SDS、SS%、SR%、SD%)     |  |
| 重症度         | 異常な灌流の程度   |  |
| 範囲          | 異常な灌流の部位   |  |
| TPD         | 総合的灌流不足度 (Total perfusion deficit)、異常の重症度および範囲を組み合わせた測定値   |  |

## 機能分析

|             |   |   |
|-------------|---|---|
| セグメント機能のスコア | 17/20 セグメントの壁運動と壁厚スコアおよびパーセンテージ (SMS、STS、SM%、ST%) | Slomka PJ, Berman DS, Xu Y, Kavanagh P, Hayes SW, Dorbala S, Fish M, Germano G. Fully automated wall motion and thickening scoring system for myocardial perfusion SPECT: method development and validation in large population. J Nucl Cardiol. 2012 Apr;19(2):291-302. doi: 10.1007/s12350-011-9502-9. Epub 2012 Jan 26. PMID: 22278774; PMCID: PMC3320854. |
| 合計機能スコア     | セグメントの壁運動と壁厚スコアおよびパーセンテージの合計 (SMS、STS、SM%、ST%)    |   |
| 重症度         | 異常な壁運動と壁厚の程度                                      |   |
| 範囲          | 異常な壁運動と壁厚の部位                                      |   |
| 定量          | 定量、壁運動と壁厚の重症度と範囲を組み合わせた測定                         |   |

## 拡張機能



|       |                              |   |
|-------|------------------------------|---|
| PER   | ピーク排出速度。                     | Slomka PJ, Berman DS, Xu Y, Kavanagh P, Hayes SW, Dorbala S, Fish M, Germano G. Fully automated wall motion and thickening scoring system for myocardial perfusion SPECT: method development and validation in large population. J Nucl Cardiol. 2012 Apr;19(2):291-302. doi: 10.1007/s12350-011-9502-9. Epub 2012 Jan 26. PMID: 22278774; PMCID: PMC3320854. |
| PFR   | ピーク充填速度。                     |   |
| PFR2  | 副次ピーク充填速度。                   |   |
| BPM   | 毎分の心拍で表した心拍数(取得可能な場合)。       |   |
| MFR/3 | 収縮終期から拡張終期にかけての前半1/3の平均充填速度。 |   |
| TTPF  | 収縮終期からピーク充填までの時間。            |   |

## 血流

|      |                                 |   |
|------|---------------------------------|---|
| MBF  | 心筋血流、ml/g/分で表した心筋全体の血流。         | Dekemp RA, Declerck J, Klein R, Pan XB, Nakazato R, Tonge C, Arumugam P, Berman DS, Germano G, Beanlands RS, Slomka PJ. Multisoftware reproducibility study of stress and rest myocardial blood flow assessed with 3D dynamic PET/CT and a 1-tissue-compartment model of 82Rb kinetics. J Nucl Med. 2013 Apr;54(4):571-7. doi: 10.2967/jnumed.112.112219. Epub 2013 Feb 27. PMID: 23447656.<br>Slomka PJ, Alexanderson E, Jácome R, Jiménez M, Romero E, Meave A, Le Meunier L, Dalhbom M, Berman DS, Germano G, Schelbert H. Comparison of clinical tools for measurements of regional stress and rest myocardial blood flow assessed with 13N-ammonia PET/CT. J Nucl Med. 2012 Feb;53(2):171-81. doi: 10.2967/jnumed.111.095398. Epub 2012 Jan 6. PMID: 22228795. |
| MFR  | 心筋血流予備能、負荷時 MBF を安静時 MBF で割った値。 |   |
| 溢流   | 溢流率, 放射性トレーサーが血液プールから心筋に溢流した量。  |   |
| 体動補正 | 自動および手動による動的データのフレーム間体動補正       | Otaki Y, Van Krieking SD, Wei CC, Kavanagh P, Singh A, Parekh T, Di Carli M,  |

|       |                       |  |
|-------|-----------------------|--|
| 残効性補正 | 自動および手動による動的データの残効性補正 | Maddahi J, Sitek A, Buckley C, Berman DS, Slomka PJ. Improved myocardial blood flow estimation with residual activity correction and motion correction in 18F-flurpiridaz PET myocardial perfusion imaging. Eur J Nucl Med Mol Imaging. 2022 May;49(6):1881-1893. doi: 10.1007/s00259-021-05643-2. Epub 2021 Dec 30. PMID: 34967914. |
|-------|-----------------------|--|

### 生存能

|       |         |  |
|-------|---------|--|
| 癒痕    | 生育不能の心筋 | Slomka P, Berman DS, Alexanderson E, Germano G. The role of PET quantification in cardiovascular imaging. Clin Transl Imaging. 2014 Aug 1;2(4):343-358. doi: 10.1007/s40336-014-0070-2. PMID: 26247005; PMCID: PMC4523308. |
| ミスマッチ | 冬眠心筋    |  |

### 位相分析

|        |                                     |   |
|--------|-------------------------------------|---|
| 帯域幅    | ヒストグラム測定値の 95% を含むヒストグラム上の最も小さな角度範囲 | Van Krieking SD, Nishina H, Ohba M, Berman DS, Germano G. Automatic global and regional phase analysis from gated myocardial perfusion SPECT imaging: application to the characterization of ventricular contraction in patients with left bundle branch block. J Nucl Med. 2008 Nov;49(11):1790-7. doi: 10.2967/jnumed.108.055160. Epub 2008 Oct 16. PMID: 18927331. |
| 平均値    | 左室全体をセグメント分けしセグメント間の左室収縮を比較         | Boogers MM, Van Krieking SD, Henneman MM, Ypenburg C, Van Bommel RJ, Boersma E, Dibbets-Schneider P, Stokkel MP, Schaliij MJ, Berman DS, Germano G, Bax JJ. Quantitative gated SPECT-derived phase analysis on gated myocardial perfusion SPECT detects left ventricular dyssynchrony and predicts response to cardiac resynchronization therapy. J Nucl              |
| モード    | ヒストグラムのピークの位置(全体的または局所的)            |   |
| 標準偏差   | 平均からの偏差または分散率                       |   |
| エントロピー | (分散でなく)変動の測定 (%)                    |   |

Med. 2009 May;50(5):718-25. doi:  
10.2967/jnumed.108.060657. PMID:  
19403876.

## その他

|      |  |  |
|------|--|--|
| TID  | 一過性虚血性拡大   | Abidov A, Bax JJ, Hayes SW, Hachamovitch R, Cohen I, Gerlach J, Kang X, Friedman JD, Germano G, Berman DS. Transient ischemic dilation ratio of the left ventricle is a significant predictor of future cardiac events in patients with otherwise normal myocardial perfusion SPECT. J Am Coll Cardiol. 2003 Nov 19;42(10):1818-25. doi: 10.1016/j.jacc.2003.07.010. PMID: 14642694. |
| LHR  | 心肺係数   | Bacher-Stier C, Sharir T, Kavanagh PB, Lewin HC, Friedman JD, Miranda R, Germano G, Berman DS. Postexercise lung uptake of 99mTc-sestamibi determined by a new automatic technique: validation and application in detection of severe and extensive coronary artery disease and reduced left ventricular function. J Nucl Med. 2000 Jul;41(7):1190-7. PMID: 10914908.                |
| 偏心   | 現在フレームに対する左室偏心で、伸長の測定値で0(球形)から1(線)まで変動。              | Germano G, Kavanagh PB, Slomka PJ, Van Krieking SD, Pollard G, Berman DS. Quantitation in gated perfusion SPECT imaging: the Cedars-Sinai approach. J Nucl Cardiol. 2007 Jul;14(4):433-54. doi: 10.1016/j.nuclcard.2007.06.008. PMID: 17679052.  |
| 形状係数 | EDとESでの左室形状係数。形状係数は全短軸平面での左室の最大寸法と、心室中部の長軸の長さの比率である。 | Abidov A, Slomka PJ, Nishina H, Hayes SW, Kang X, Yoda S, Yang LD, Gerlach J, Aboul-Enein F, Cohen I, Friedman JD, Kavanagh PB, Germano G, Berman DS. Left ventricular shape index assessed by gated stress myocardial perfusion SPECT:  |

|         |   |   |
|---------|---|---|
|         |   | initial description of a new variable. J Nucl Cardiol. 2006 Sep;13(5):652-9. doi: 10.1016/j.nuclcard.2006.05.020. PMID: 16945745.   |
| QC      | 左室セグメンテーションの品質管理指標  | Xu Y, Kavanagh P, Fish M, Gerlach J, Ramesh A, Lemley M, Hayes S, Berman DS, Germano G, Slomka PJ. Automated quality control for segmentation of myocardial perfusion SPECT. J Nucl Med. 2009 Sep;50(9):1418-26. doi: 10.2967/jnumed.108.061333. Epub 2009 Aug 18. PMID: 19690019; PMCID: PMC2935909.                                 |
| 体動凍結    | 拡張終期のフレームの中に複数のフレームを変形して重ねることによって、同期画像から非同期 SPECT/PET データセットを作成 | Slomka PJ, Nishina H, Berman DS, Kang X, Akincioglu C, Friedman JD, Hayes SW, Aladi UE, Germano G. "Motion-frozen" display and quantification of myocardial perfusion. J Nucl Med. 2004 Jul;45(7):1128-34. PMID: 15235058.  |
| 系列変化    | 3D の柔軟な記録とカウントの正規化を通して、2 データセットの間の灌流変化の直接定量化                    | Slomka PJ, Berman DS, Germano G. Quantification of serial changes in myocardial perfusion. J Nucl Med. 2004 Dec;45(12):1978-80. PMID: 15585470.   |
| うつ伏せ状態+ | 腹臥／仰臥を組み合わせた分析  | Nishina H, Slomka PJ, Abidov A, Yoda S, Akincioglu C, Kang X, Cohen I, Hayes SW, Friedman JD, Germano G, Berman DS. Combined supine and prone quantitative myocardial perfusion SPECT: method development and clinical validation in patients with no known coronary artery disease. J Nucl Med. 2006 Jan;47(1):51-8. PMID: 16391187. |

## 右室セグメンテーション

|        |               |  |
|--------|---------------|--|
| 右室容積   | 右室容積、同期または非同期 | Kavanagh P. QGS RV Validation 2010. Technical Report |
| 右室 EDV | 右室容積、拡張終期     | Entezarmahdi SM, Faghihi R, Yazdi M,                 |

|        |           |  |
|--------|-----------|--|
| 右室 ESV | 右室容積、収縮終期 | Shahamiri N, Geramifar P, Haghghatafshar M. QCard-NM: Developing a semiautomatic segmentation method for quantitative analysis of the right ventricle in non-gated myocardial perfusion SPECT imaging. EJNMMI Phys. 2023 Mar 23;10(1):21. doi: 10.1186/s40658-023-00539-6. PMID: 36959409; PMCID: PMC10036722. |
| 右室 SV  | 右室拍出量     |  |
| 右室 EF  | 右室駆出率     |  |

### QBS セグメンテーション

|        |               |   |
|--------|---------------|---|
| 左室容積   | 左室容積、同期または非同期 | Van Kriekinge SD, Berman DS, Germano G. Automatic quantification of left ventricular ejection fraction from gated blood pool SPECT. J Nucl Cardiol. 1999 Sep-Oct;6(5):498-506. doi: 10.1016/s1071-3581(99)90022-3. PMID: 10548145.  |
| 左室 EDV | 左室容積、拡張終期     |   |
| 左室 ESV | 左室容積、収縮終期     |   |
| 左室 SV  | 左室拍出量         |   |
| 左室 EF  | 左室駆出率         |   |
| 左室容積   | 右室容積、同期または非同期 | Daou D, Van Kriekinge SD, Coaguila C, Lebtahi R, Fourme T, Sitbon O, Parent F, Slama M, Le Guludec D, Simonneau G. Automatic quantification of right ventricular function with gated blood pool SPECT. J Nucl Cardiol. 2004 May-Jun;11(3):293-304. doi: 10.1016/j.nuclcard.2004.01.008. PMID: 15173776. |
| 右室 EDV | 右室容積、拡張終期     |   |
| 右室 ESV | 右室容積、収縮終期     |   |
| 右室 SV  | 右室拍出量         |   |
| 右室 EF  | 右室駆出率         |   |

### MoCo 体動補正

|      |                                 |  |
|------|---------------------------------|--|
| 体動補正 | 自動および手動による灌流 SPECT データの投影間の体動補正 | Matsumoto N, Berman DS, Kavanagh PB, Gerlach J, Hayes SW, Lewin HC, Friedman JD, Germano G. Quantitative assessment of motion artifacts and validation of a new motion-correction program for myocardial perfusion SPECT. J Nucl Med. 2001 May;42(5):687-94. PMID: 11337561. |
|------|---------------------------------|--|

## 1.11 表記規則

このマニュアルでは文字スタイルによる次の表記規則を使用しています。

- **ユーザーインターフェイス要素** (メニュー項目、ボタン、その他) は **この文字スタイル** (太字、明るい色の明朝体)。  
メニュー項目やその下位項目への経路は、**[メニュー] > [項目]** または **[メニュー] > [サブメニュー] > [項目]** のように簡略表記されます。  
同様に、メニューの **[オプション]** 項目を選択して開いたダイアログ内の **[タブ]** は、**[メニュー] > [オプション] > [タブ]** のようになります。
- **ユーザー入力**は、ショートカットキーのような単一のキー押しも含めて、**この文字スタイル** (太字、明るい赤のゴシック体) で表記されます。
- **コードや設定ファイル内の情報**は**この文字スタイル** (太字、カラー、固定幅) で表記されます。
- **その他の重要な項目** (別のセクションへの参照や注意警告など) は**この文字スタイル** (太字、斜体、カラー、ゴシック体) で表記されます。

次の記号も注意を喚起する必要がある情報に使用されます。



**参考情報**：参考情報は本質的に危険を伴わないアプリケーション動作に関連する内容を記述します。



**注意**：この情報は慎重に確認する必要があります。使用を誤ると望ましくない結果やデータ損失につながる恐れのある機能です。

## 1.12 警告と注意



**注意**：このソフトウェアは機密保護の対象となる被検者情報を含むデータの管理と分析を行うように設計されています。該当するすべての地域標準（例：米国では HIPAA）に従って、すべての被検者情報を保護し、権限のあるユーザーのみがアクセスできるようにしてください。プログラムまたはソフトウェアがインストールされているデバイスでパスワード保護が可能な場所では必ずパスワードを作成するようにしてください。



**注意**：データの処理と数値化された結果の生成が自動的に行われるように設計されていますが、独立した診断の提供を意図していません。資格のある医師が結果を評価する必要があります。

このマニュアルの情報に間違いがないよう万全を期しておりますが、まれにスクリーンキャプチャと実際のソフトウェアとの間にわずかな違いが見られる場合があります。

## 2 セットアップ手順

このセクションは、インストール手順の要約ですが、CD の使い方やプログラムのインストールなど関連の概念を理解しているユーザーを対象にしています。スクリーンショットも含めたより詳しい手順の説明は CSI リファレンスマニュアルのインストールのセクションを参照してください。

必要なもの

- サポート内 Microsoft Windows オペレーティングシステムを実行するパソコン
- インストール用 CD-ROM ディスクまたはファイル (ソフトウェアをダウンロードなどで電子的に入手した場合)。

次の手順を行います。

1. Administrator (管理者) 権限を持つユーザーとしてシステムにログインします。
2. CD-ROM を挿入するか、**CSMC\_Setup.exe** をダブルクリックします。
3. 自動再生アプリケーションが開始するのを待ちます。
4. セットアッププログラムが起動されたら、デフォルト値があるところではそれを受け入れ、購入したソフトウェアのオプションをチェックボックスで選択するところでは該当するオプションを選択して手順を最後まで進めます。
5. 管理者権限があれば、セットアッププログラムは自動的に必要なレジストリキーの更新を行います。
6. セットアッププログラムが終了したら、必要に応じてコンピュータを再起動します (セットアッププログラムの指示に従ってください)。
7. デスクトップに表示される **CSImport** アイコンショートカットをダブルクリックします。
8. システムの識別番号を CSMC のサポート担当者に送ってライセンスの登録番号を発行してもらいます。
9. ライセンスのダイアログボックスで登録番号を入力します。
10. 初期セットアップステップに従い「管理者」パスワードとユーザを作成する。パスワードとユーザ情報は後から修正できるが、管理者パスワードは安全に保管する。
11. これで完了です。CSI のデータブラウザが起動され、データブラウザのメイン画面が表示されます。

このユーザーマニュアルとその他のリファレンスマニュアルは、インストール中にシステムに自動的にコピーされます。弊社のウェブサイトで、以下のマニュアルを参照することもできます。:

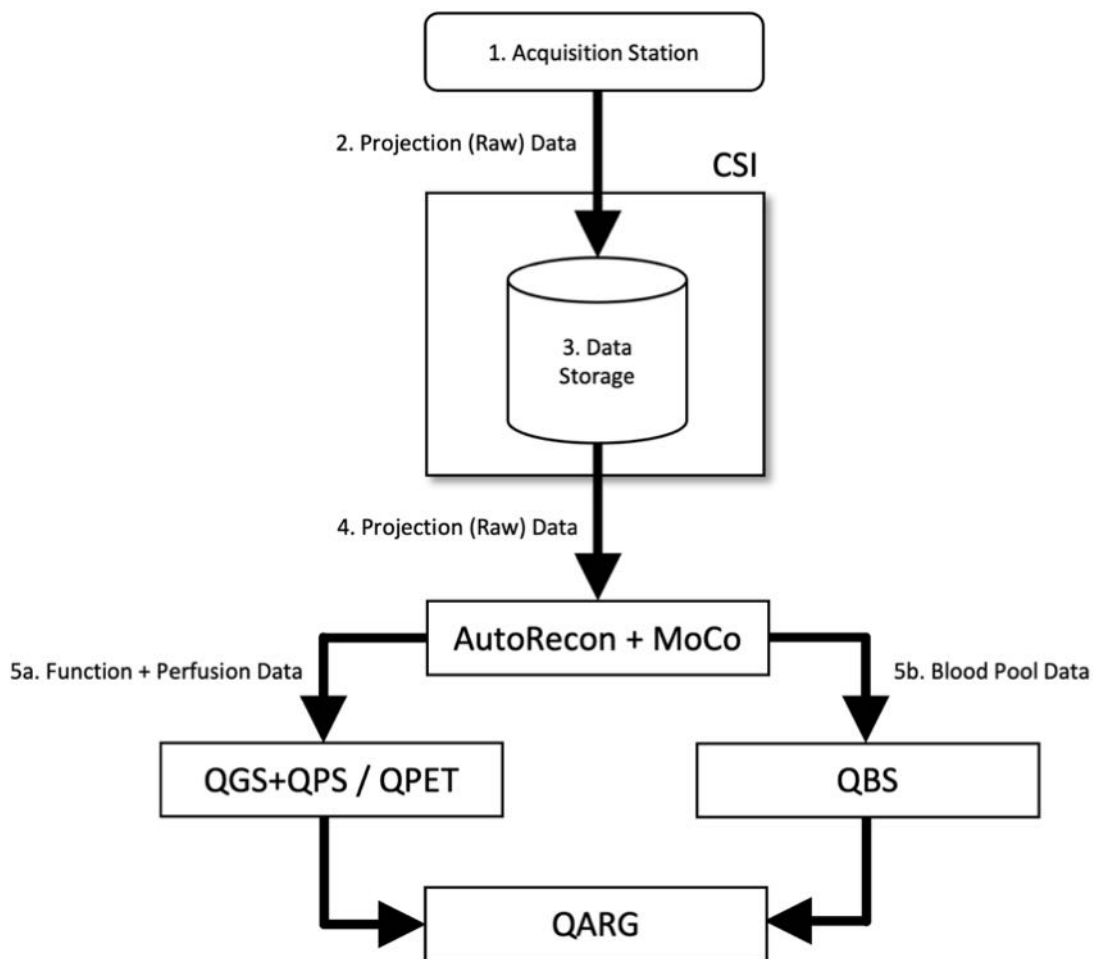
**<http://www.csaim.com/ifu>**



### 3 取り扱いの説明

#### 3.1 CSImport

Cedars-Sinai Import (CSI) は画像データベースのフロントエンドですが、外部アプリケーションを起動するためにもよく使用されます。これはデータセットを Philips Pegasys、Jet Stream、EBW ワークステーション、FTP サーバー、DICOM Query/Retrieve サーバーなどさまざまなソースからアクセスすることができるように設計されているためです。CSI は各種のデータ管理ツールも提供します。その一つの DICOM Store (DICOM ストア) Service Class Provider (SCP : サービスクラスプロバイダ) サービスは、処理と表示のために DICOM 準拠システムがローカル PC に画像をプッシュすることができるようにします。DICOM の取り扱いは DICOM Conformance Statement (DICOM 適合宣言) にその詳細が記載されています。



#### 凡例

1. 収集ステーション
2. 投影(生)データ
3. データ保存

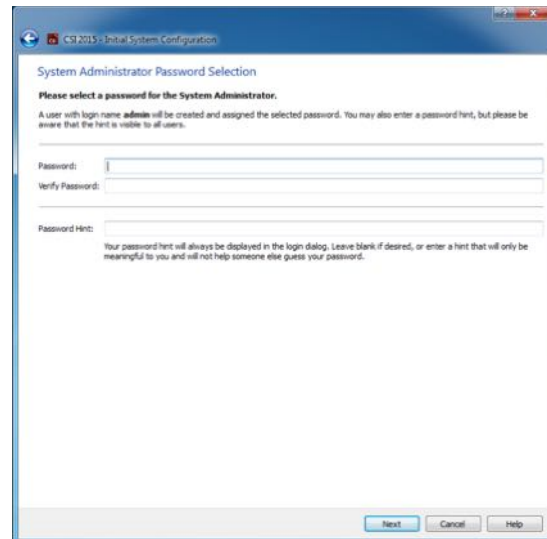
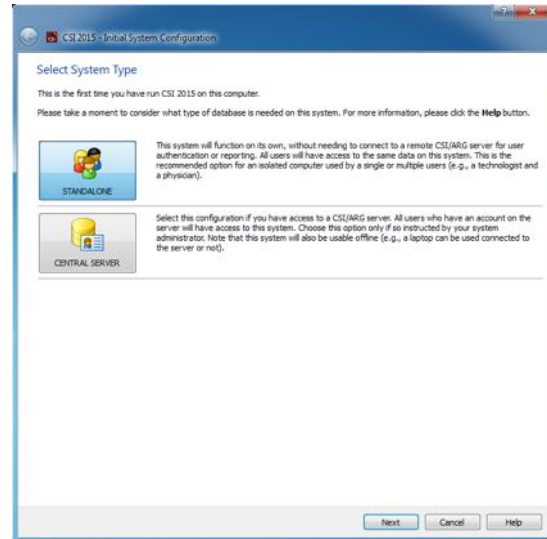
- 4. 投影(生)データ
- 5a. 機能 + 灌流データ
- 5b. 心プールデータ

### 3.1.1 初期セットアップ

CSImport はユーザーのログイン資格に基づいてデータへのアクセスを制御します。画像データベースはスタンドアロンのデータベースとしても中央サーバーとしてもセットアップできます。CSI が初めて実行されたとき、システムの種類を選択できます。

**STANDALONE [スタンドアロン]** がデフォルトですが、同じバージョンの CSImport が複数のコンピュータで実行されている場合や SQL サーバードatabaseの CSImport/ARG データベースに接続する場合には、別の選択ができます。

**STANDALONE [スタンドアロン]** データベースまたは **CENTRAL SERVER [中央サーバー]** データベースが選択されたら、次にシステム管理者のユーザーアカウントを設定します。管理者アカウントのユーザー名は *admin* です。このダイアログでパスワード情報を入力して、**Next [次へ]** をクリックします。



最後の作業は、最初のユーザーアカウントを設定することです。[ユーザーの種類]を選択し、このダイアログの必要事項を入力し終わったら、**Next [次へ]**をクリックします。

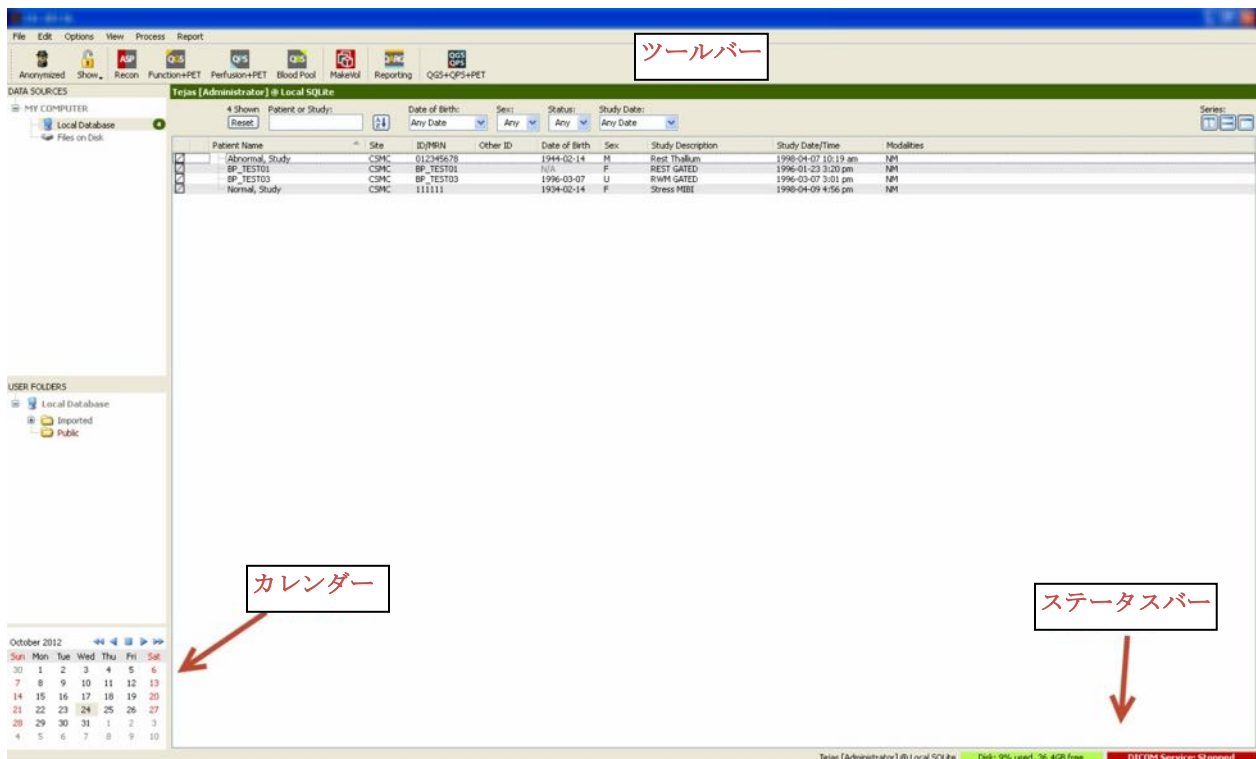
最後の確認ダイアログに初期セットアップのまとめが表示されます。情報が正確であることを確認したら、**Finish [終了]**をクリックします。情報を変更する場合は、確認ダイアログの左上に表示される戻る矢印をクリックします。

### 3.1.2 アプリケーションの起動

アプリケーションは該当のツールバーボタンをクリックして起動しますが、その前に DICOM シリーズ、スタディ、被検者、その他の基準で整理したデータのフォルダ (たとえば、同じ疾患を持つ患者のグループを入れたフォルダなど) を一つ以上選択しておくこと、選択されたフォルダ内のデータセットすべてに対してアプリケーション (たとえば、QGS+QPS、QBS、Arecon など) が起動されます。

アプリケーションを一つ起動した後も、データブラウザへ戻って同じデータまたは別のデータを選択して別のアプリケーションを起動することができます。

データ選択に適用される規則は Windows エクスプローラと同じです。クリックで項目を選択し、別の項目をクリックするとその項目が選択され、前の選択が解除されます。Shift キーまたは Ctrl キーを押さえたままクリックすると範囲の選択または選択の追加/取り消しができます。



### 3.1.3 データのインポート

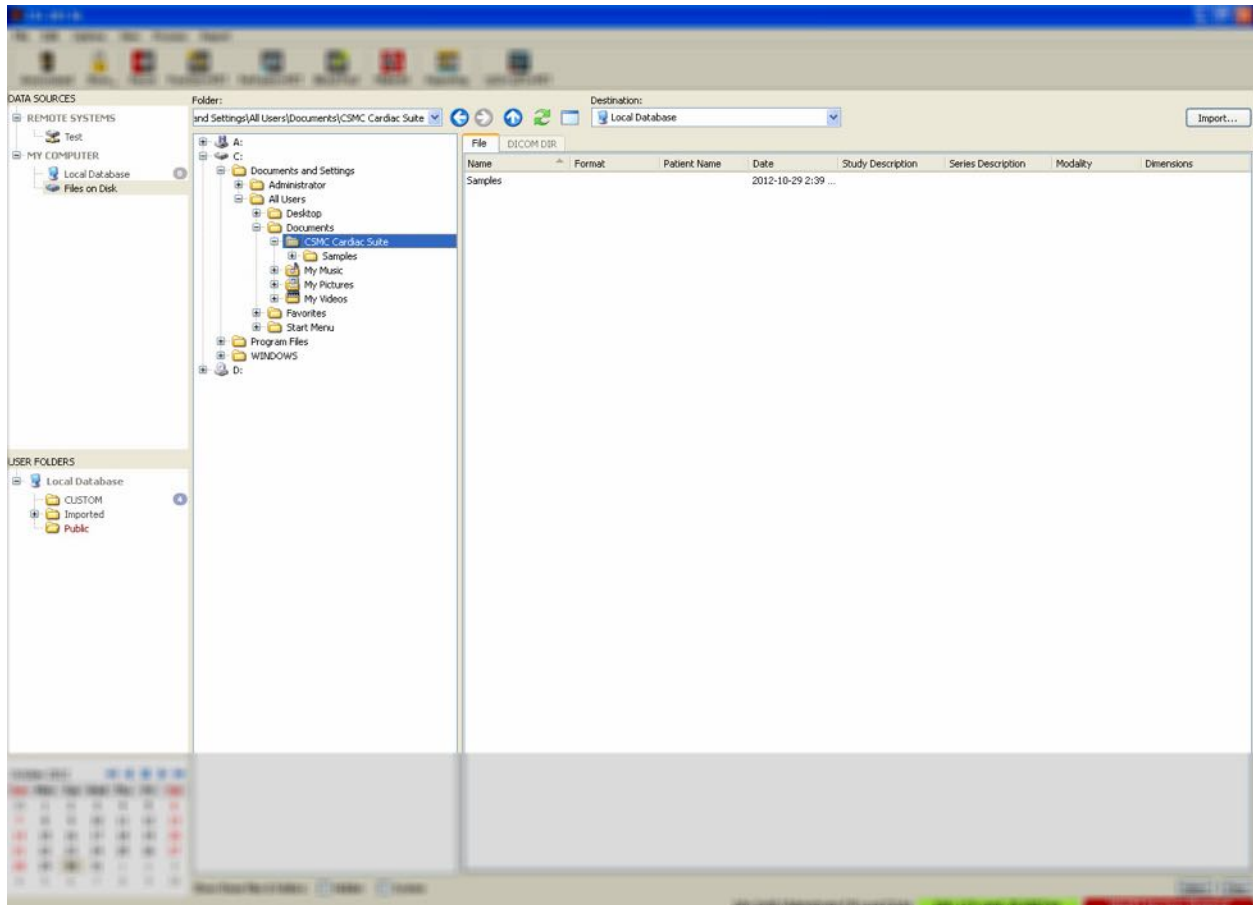
データがどこにあるかによって画像のインポートには多様なオプションがあります。ここでは例として、データがローカルアクセスできるディスク (ローカルのハードディスク、別のコンピュータに割り当てられたドライブ、CD や DVD、外付けの USB ドライブ、等々) に入っている場合を想定します。

### 3.1.4 ローカルディスクからデータをインポートする

この手順はコンピュータのファイルシステムを介してアクセスできるディスクに入っているデータをインポートするときに使用します。次の場所にあるデータが対象になります。

- ハードディスク
- CD や DVD
- フラッシュドライブ
- ドライブ文字をリモートのフォルダに割り当ててアクセスしているリモートディスク

下図はフォルダを開いてその内容が表示されたときの典型的な状態を示しています。ローカルディスク上のファイルは Data Sources [データ源] セクションの **Files on Disk [ディスク上のファイル]** をクリックしてアクセスします。Windows のファイルエクスプローラーに似た画面でファイルのある場所に移動できます。



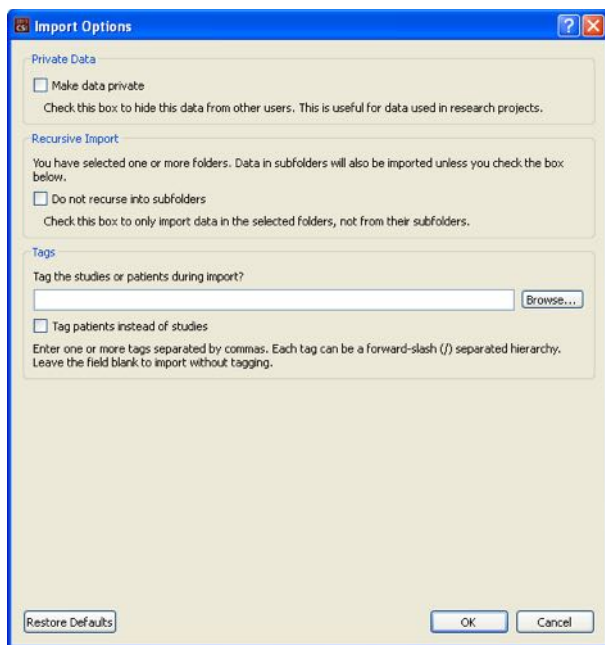
左側のフォルダを選択するためのコントロールにはフォルダパスを直接入力できるテキストフィールドがあります。右側には、画像ファイルとして識別されたファイルのリストが表示されます。適切な画像を選択するのに十分な情報がそれぞれのファイルに関して表示されます。

ファイルをインポートするには、個々のファイルを選択してインポートする方法とフォルダ全体をインポートする方法があります。

ファイルを選択してインポートするには、クリック、クリックしてドラッグ、または **Ctrl** キーを押さえてクリックなどの操作でファイルを選択できます。適切なインポートオプションを選択して、**import [インポート]** をクリックします。インポート処理が完了したら、別のフォルダに移動してさらにファイルをインポートするか、**Data Sources [データ源]** の **Local Database [ローカルデータベース]** をクリックして元の表示に戻ります。

フォルダをまるごとインポートするには、そのフォルダを選択して **Import [インポート]** をクリックします。 **Import Options [インポートオプション]** ダイアログで **Do not recurse into sub-folders [サブフォルダを含めない]** がオンになっていると、選択されたフォルダ内のファイルのみがインポートされます。オフになっている場合は、そのフォルダにサブフォルダがあれば、サブフォルダ内のデータセットもインポートされます。

インポートには次のオプションがあります。



**Make data private** [データをプライベートにする] - インポートされたデータを他のユーザーには見えないようにします。

**Recursive Import** [サブフォルダの除外] - サブフォルダ内のデータを含めずに、フォルダ内のデータのみをインポートするときにオンにします。

**Tags** [標識] - インポートされたデータに、被検者またはスタディのレベルで独自の標識を追加するためのオプションです。

### 3.1.5 リモートシステムからデータをインポートする

次の 4 種類のリモートシステムがサポートされています。

- Philips (ADAC) Pegasys
- Philips (Marconi) Odyssey
- FTP サーバー
- DICOM Query/Retrieve/Store (検索/取り出し/保管) サーバー

#### 3.1.5.1 リモートシステムの設定を作成

各リモートシステムに接続してデータをインポート/エクスポートできるようにするには CSI 内でそのリモートシステムを設定する必要があります。DICOM Q/R サーバーではサーバー側の設定が必要になる場合もあります。これは普通 PACS (Picture Archiving and Communication Systems: ピクチャーアーカイブとコミュニケーションシステム) の管理者または技術サポート担当者 (収集システムなどの PACS 以外の画像ワークステーションの場合) によって行われる必要があります。

リモートシステムのための設定を新しく作成する方法の最初の部分はすべてのシステムで同じです。

- **Options** [オプション] > **Manage Remote Systems** [リモートシステムの管理] を選択します。

- Remote Computer Systems [リモートコンピュータシステム] ウィンドウで **Add [追加]** をクリックします。

次に、Remote Computer Systems [リモートコンピュータシステム] ウィンドウで基本的な情報を設定します。

- Remote Computer Type [リモートコンピュータの種類] を選択します。
- Display Name [表示名] にそのシステムを識別するためにプログラム全体で使用される名前を入力します。
- リモートシステムの IP アドレスを入力します。動的なアドレス割り当てによってリモートシステムのアドレスが変化する場合を除いて、名前ではなく IP アドレスを使用するようお勧めします。

Identification

Remote Computer Type: Philips / Adac Pegasys

Display Name: new system (for display purposes, must be unique)

Host Address: 127.0.0.1 (DNS name or IP address)

リモートコンピュータの種類が設定された後、ダイアログの下部の設定がそれを反映して更新され、その種類のシステムに必要な設定が表示されます。

一般的な設定

- Pegasys システムでは変更は必要ありません。

| Field             | Value                          |
|-------------------|--------------------------------|
| Login             | Credentials for system login   |
| Username          | pegasys                        |
| Use password?     | <input type="checkbox"/>       |
| Password          | [Double-click to edit]         |
| Password (verify) | [Double-click to edit]         |
| Port              | 23                             |
| FTP               | Credentials for data transfers |
| Username          | rt11                           |
| Password          | [Double-click to edit]         |
| Password (verify) | [Double-click to edit]         |
| Port              | 21                             |

This is the network port used to make an FTP connection to this system. The default value is 21.

- Odyssey システムでは、更新が必要なのはデータディレクトリ (通常は /imgX という形式で指定される、X は番号) のみです。

| Field  | Value                    |
|--|--------------------------|
| <b>Login</b><br>Credentials for system login |                          |
| Username                                     | prism                    |
| Use password?                                | <input type="checkbox"/> |
| Password                                     | [Double-click to edit]   |
| Password (verify)                            | [Double-click to edit]   |
| Port   | 23                       |
| <b>FTP</b><br>Credentials for data transfers |                          |
| Username                                     | pcsnet                   |
| Password                                     | [Double-click to edit]   |
| Password (verify)                            | [Double-click to edit]   |
| Port   | 21                       |
| Data Directories                             | /img0                    |

A single directory where data is located, such as  
/img0  
or a list of comma-separated directories such as  
/img0, /img3 (spaces are OK as well)  
Do not include the data directories of removable drives!

- FTP サーバーでは、アカウント情報 (ユーザー名とパスワード) を入力する必要があります。Port [ポート] と Initial Directory [初期ディレクトリ] はデフォルト値のままで使用できます。

| Field   | Value                  |
|---|------------------------|
| <b>FTP</b><br>Credentials for server login and data transfers |                        |
| Username  |                        |
| Password  | [Double-click to edit] |
| Password (verify)   | [Double-click to edit] |
| Port  | 21                     |
| Initial Download Directory                                    |                        |
| Default Upload Directory                                      |                        |

- DICOM Query/Retrieve/Store サーバーでは、AE タイトル、ポート番号、およびクエリーのルートレベルをリモートシステムの管理者が指定した値に設定する必要があります。システムの Vendor (販売元) の種類を設定すると、場合によってはそのシステムで機能することが知られている操作のみに CSI を制限できます (すべての DICOM システムが同じレベルの機能をサポートしているとは限らないので)。

| Field   | Value   |
|---|---|
| <b>General</b><br>General characteristics of the system |   |
| Vendor / Type   | Philips / Jetstream   |
| Vendor Comment  | Study Root QJR Only   |
| Local AE Title  | STORESCP  |
| Associated Site   | CSMC @ Local 5QJite: CSMC                                     |
| Query/Retrieve  | <input checked="" type="checkbox"/> Get data from this system |
| Remote AE Title   | FINDSCP   |
| Port  | 104   |
| Max PDU   | 16384   |
| Root Level  | Study Root  |
| Push  | <input checked="" type="checkbox"/> Send data to this system  |
| Remote AE Title   | STORESCP  |
| Port  | 104   |
| Max PDU   | 16384   |

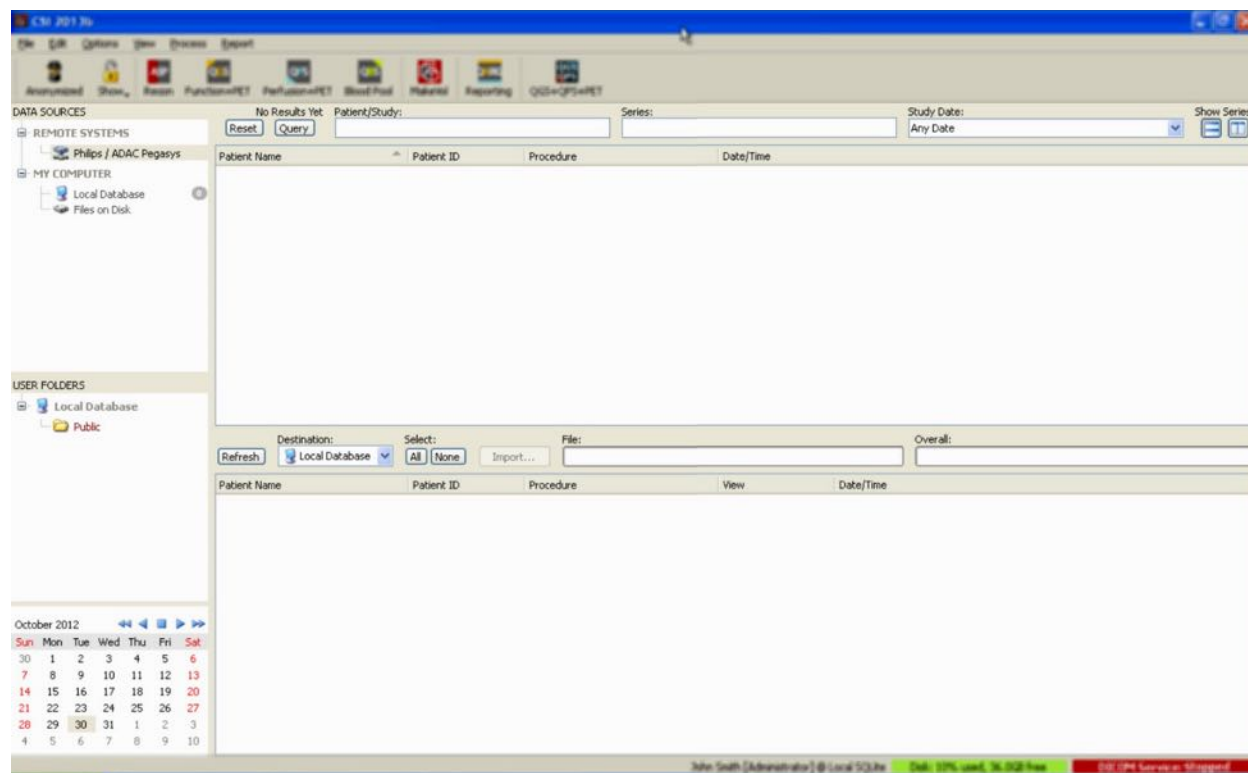
デフォルト値にリセットするには **Reset [リセット]** をクリックします。基本的な接続テストを行うには **Test [テスト]** をクリックします。



新しいリモートシステムの設定情報が整ったら、**[OK]** をクリックして設定を確定します。設定した新しいシステムはリモートコンピュータのリストに表示され、そこからデータの取得に使用できます。

### 3.1.5.2 Philips Pegasys

Pegasys システムからデータをインポートするには、リモートシステムのリストでその名前をクリックします。それによって、Pegasys のダイアログが開き、スタディリストを取得するための接続が開始されます。



スタディ全体をインポートするには、スタディを選択して (リストの中でクリック、複数選択にはクリック-ドラッグや **Ctrl + クリック** を使用)、インポートオプションを設定し **Import [インポート]** をクリックします。

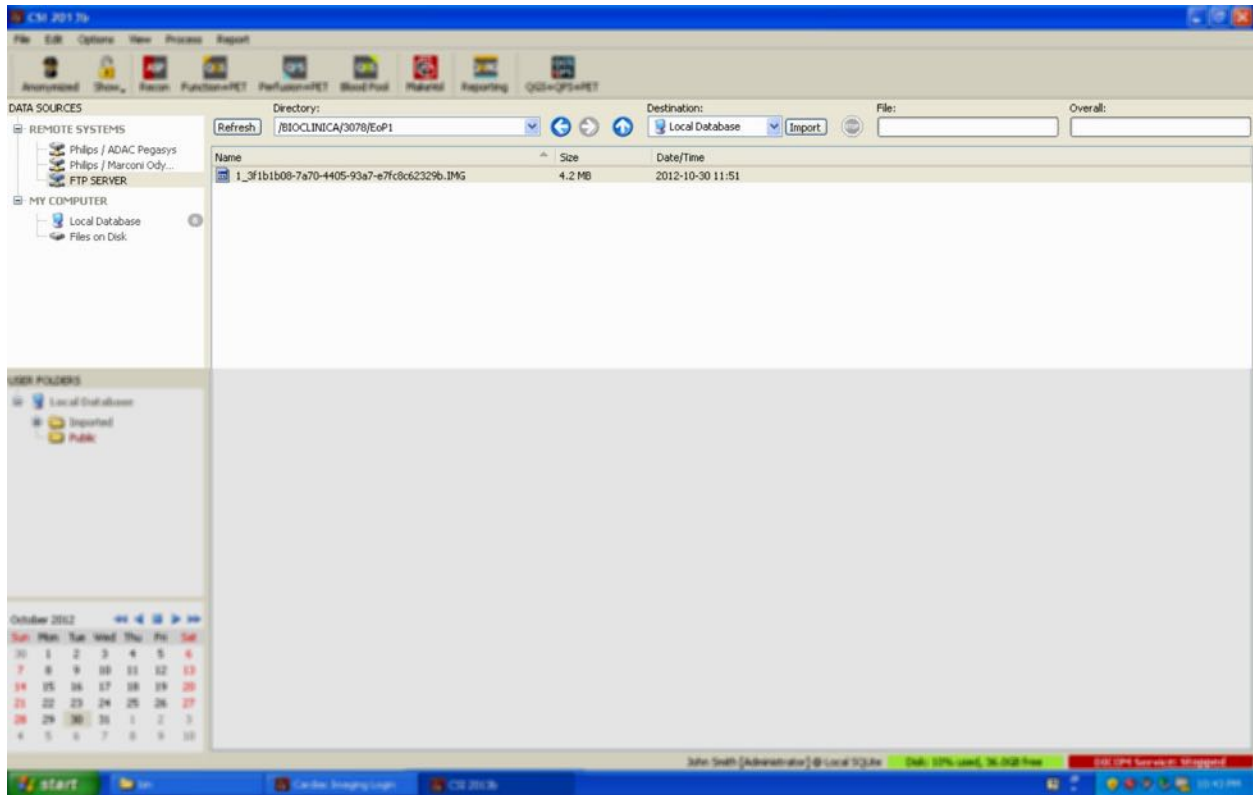
インポートが完了したら、さらにデータセットを選択することができます。スタディの選択ページに戻るには **Local Database [ローカルデータベース]** をクリックします。

### 3.1.5.3 Philips Odyssey

Odyssey の接続は Pegasys の接続とよく似ています。表示される情報が少し異なるだけです。これは Philips Odyssey システムでは命名規則や使用されるフィールドが異なることを反映しています。

### 3.1.5.4 FTP サーバー

FTP サーバーを使ってデータを取り出すときに不便なことは、被検者名やスタディの記述その他の付加情報を見ることができないので、ファイル名のみに基づいて画像を選択しなければならないことです。下図は典型的なファイルのリストを示します。

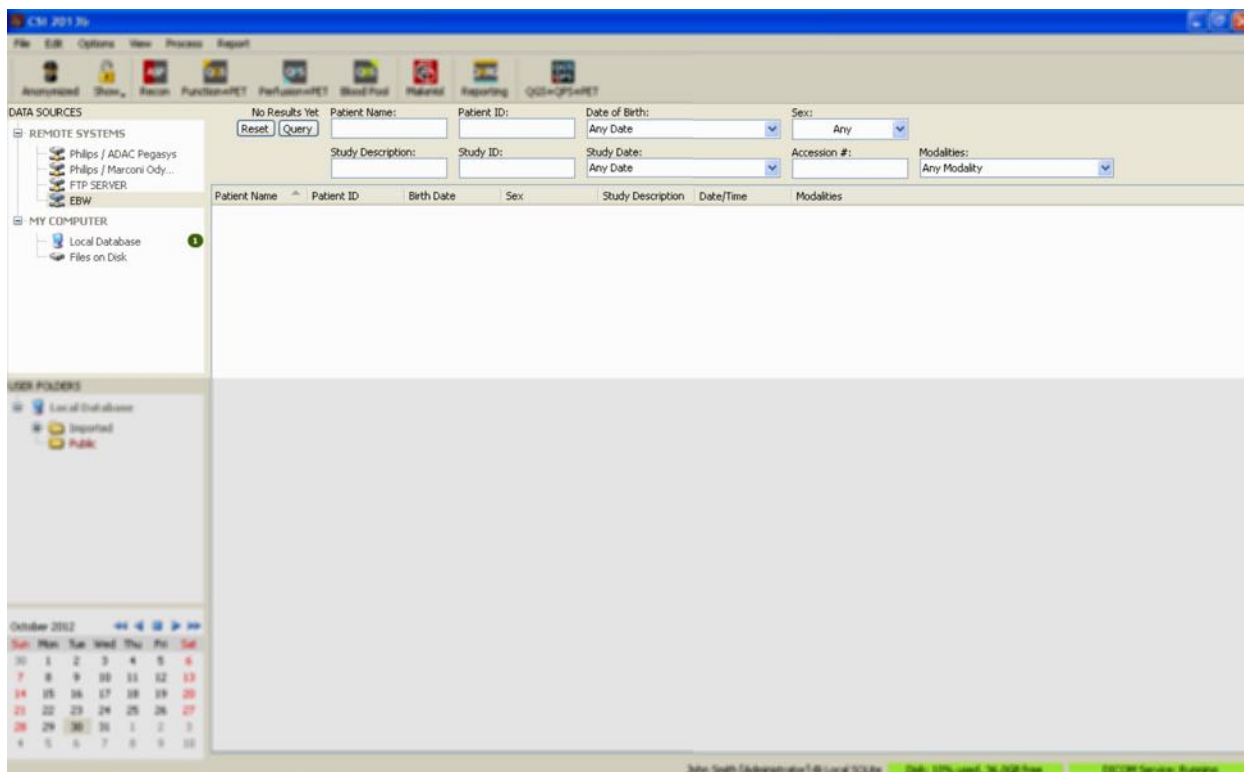


別のフォルダに移動するには、Directory [ディレクトリ] ボックスにパスを入力するか、リスト内でフォルダ名をダブルクリックします。<UP> [上] フォルダをダブルクリックすると親フォルダに移動できます。

デフォルトで、すべてのデータベースが選択されています。個別に選択を解除するには、Ctrl + クリックを使用します。準備が整ったら、Import [インポート] をクリックして選択されているデータセットをインポートします。

### 3.1.5.5 DICOM Query/Retrieve [DICOM 検索/取り出し] サーバー

DICOM Q/R/S サーバーからデータをインポートする場合は、他の種類のリモートシステムの場合に比べて設定に手間が掛かりますが、それが PACS その他の DICOM ベースのシステムにアクセスするための唯一の方法です。いったんシステムが設定され接続が確立されたら、次のようなダイアログが表示されます。



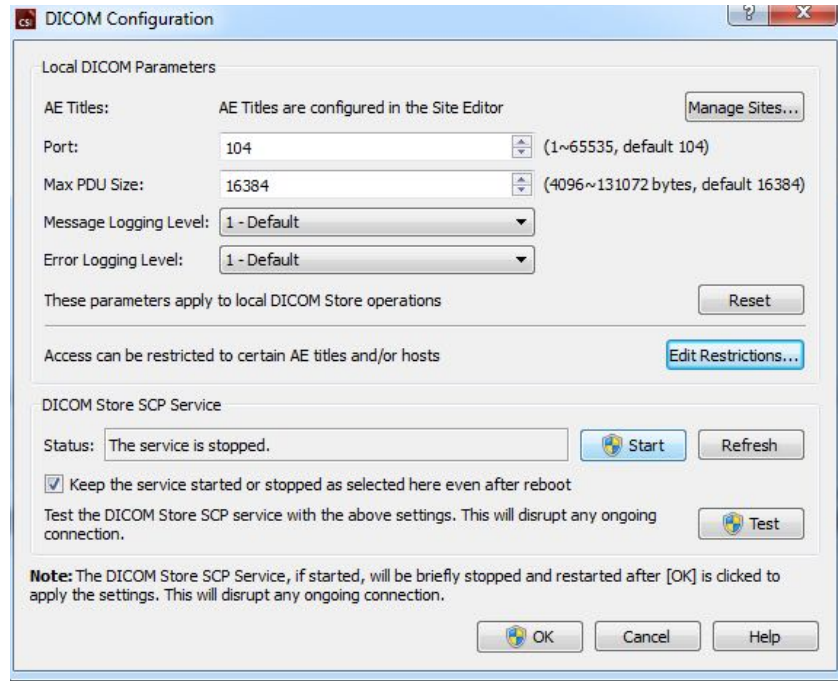
PACS システムの多くは大量のデータを保管しているので、**Query [検索]** を押すまでサーバーに検索は送信されません。これはスタディをフィルタして検索結果の項目数を制限するために使用されます。

DICOM インポート用のダイアログのその他の機能の詳細については、リファレンスマニュアルを参照してください。

### 3.1.5.6 リモートシステムから DICOM データセットをプッシュする

各種のデータソースからデータを取り出すことができるだけでなく、CSI を実行している他の DICOM 準拠システムから画像をプッシュすることもできます。CSI には Windows サービスとして機能する Cedars-Sinai DICOM Store SCP があり、接続要求の受信をリスンできます。新しい画像プラットフォームのほとんどは、このサービスに接続して、画像を送信し、送信先の PC では受け取った画像がローカルの画像データベースに挿入されるようになっています。

この機能を使用するには、DICOM Store SCP サービスを適切なパラメータで設定する必要があります。下図に示されているの設定ダイアログは、**Options [オプション] > DICOM Networking [DICOM ネットワーク]** からアクセスできます。



DICOM Store SCP を設定するには次の手順に従います。

1. **Options [オプション] > DICOM Networking [DICOM ネットワーク]** に移動します。
2. ローカルコンピュータのアプリケーション エンティティタイトル (AE タイトル) を選択します。AE タイトルはサイトの管理者が管理しますが、**Manage Sites [サイトの管理]** をクリックしてアクセスできます。
3. データ源のシステムがそのローカルコンピュータに接続するときに使用するポート番号 (デフォルトは 104) を選択します。
4. 選択されたリモートシステムへのアクセスを制限するには、**Edit Restrictions [制限の編集]** をクリックして AE タイトルに適切な情報を入力します。デフォルトでは、すべてのリモートシステムからの接続を受け入れるようになっています。
5. 残りのオプションは変更せずにそのままにしておきます。
6. **Start [開始]** をクリックして DICOM Store SCP サービスを開始します。
7. **[OK]** をクリックして変更を適用し、サービスを再開します。

ソース側のシステムもデータを送信できるように適切に設定する必要があります。一般に、ソースシステムの設定には次の情報が必要です。

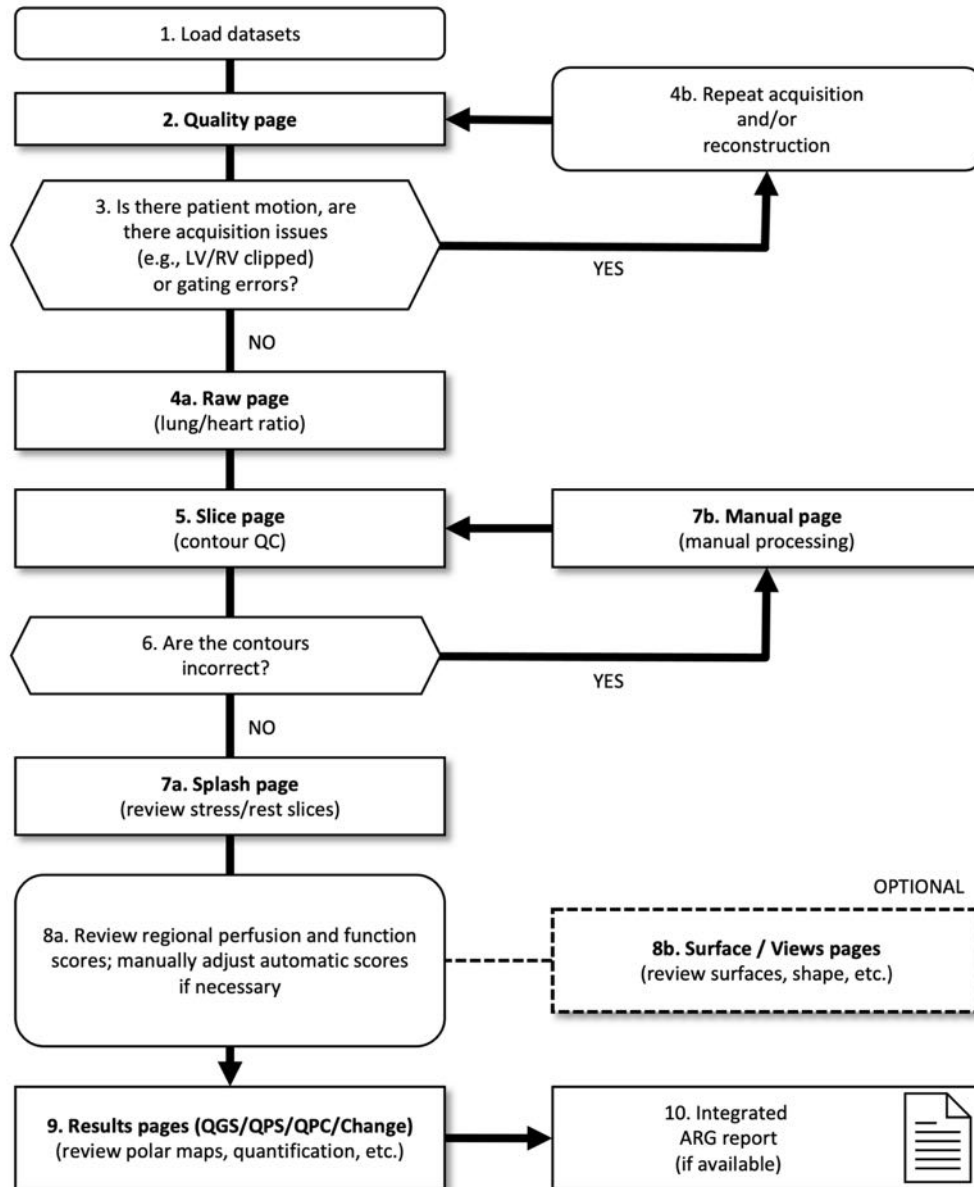
- データを受け取るコンピュータの IP アドレス
- 上の手順 2 で選択した AE タイトル
- 上の手順 3 で選択したポート番号

DICOM システムはパラメータが正しく設定されていることを確認するために、接続テストの機能を備えているのが普通です。この機能は DICOM C-ECHO メッセージにちなんで echo (エコー) と呼ばれることが多いようです。データを受け取る側のシステムで DICOM Store SCP サービスが実行されていれば、この接続テストは成功するはずですが。

これで、リモートシステムのユーザーはデータを選択してこちらのコンピュータに送信できます。データは指定された場所に保存されます。送信されたデータを表示するにはリストを更新したりフィルタを変更したりする必要があります。たとえば、今日のスタディのみが表示されるようになっている場合、ソースシステムから送られてきたスタディが昨日収集されたものであれば、リストに表示されませんから、日付フィルタを取り除く必要があります。

## 4 SPECT/PET 定量化アプリケーション - QGS (心電同期) + QPS (灌流)

ワークフローは意図的に画面に表示されている内容に左右されなくなっています。したがって、作業の順序はユーザーが任意に決定できます。以下は典型的なワークフローの例です。



### 凡例

1. データセットを読み込む
2. 品質ページ
3. 患者体動によるぶれ、収集の問題（左心室/右心室が不完全など）、または同期エラーがあるか。
- 4a. Raw [生] ページ(心肺係数)

- 4b. 収集および／または再構築を繰り返す。
- 5. スライスページ(輪郭線 QC)
- 6. 輪郭線が正しいか。
- 7a. スプラッシュページ(負荷時／安静時スライスの確認)
- 7b. 手動ページ(手動処理)
- 8a. 局所的な灌流スコアと機能スコアを評価する。必要な場合は自動スコアを手動調整する。
- 8b. 壁面／複数壁面ページ(壁面、形状などを評価する)
- 9. 結果ページ(QGS／QPS／QPC／変化)(極座標マップ、定量化などを評価)
- 10. 統合 ARG 報告書(利用可能な場合)

OPTIONAL (オプション) = 推奨されるが必須ではない。

## 4.1 言語の選択

CSMC 心臓検査スイートではユーザーインターフェイスを各国語でサポートしています。プラットフォームによってはサポートされない言語もあります。言語を選択するには、**Defaults [デフォルトの設定]** ダイアログで **Language [言語]** タブをクリックしてドロップダウンメニューから言語を選択します。

新しい言語設定は、プログラムが再起動されると有効になります。この設定は CSMC 心臓検査スイートのすべてのアプリケーションに適用されることに注意してください。

CSMC 心臓検査スイートで言語設定を変更してもオペレーティングシステムや CSMC 心臓検査スイートの一部ではない他のアプリケーションには影響しません。

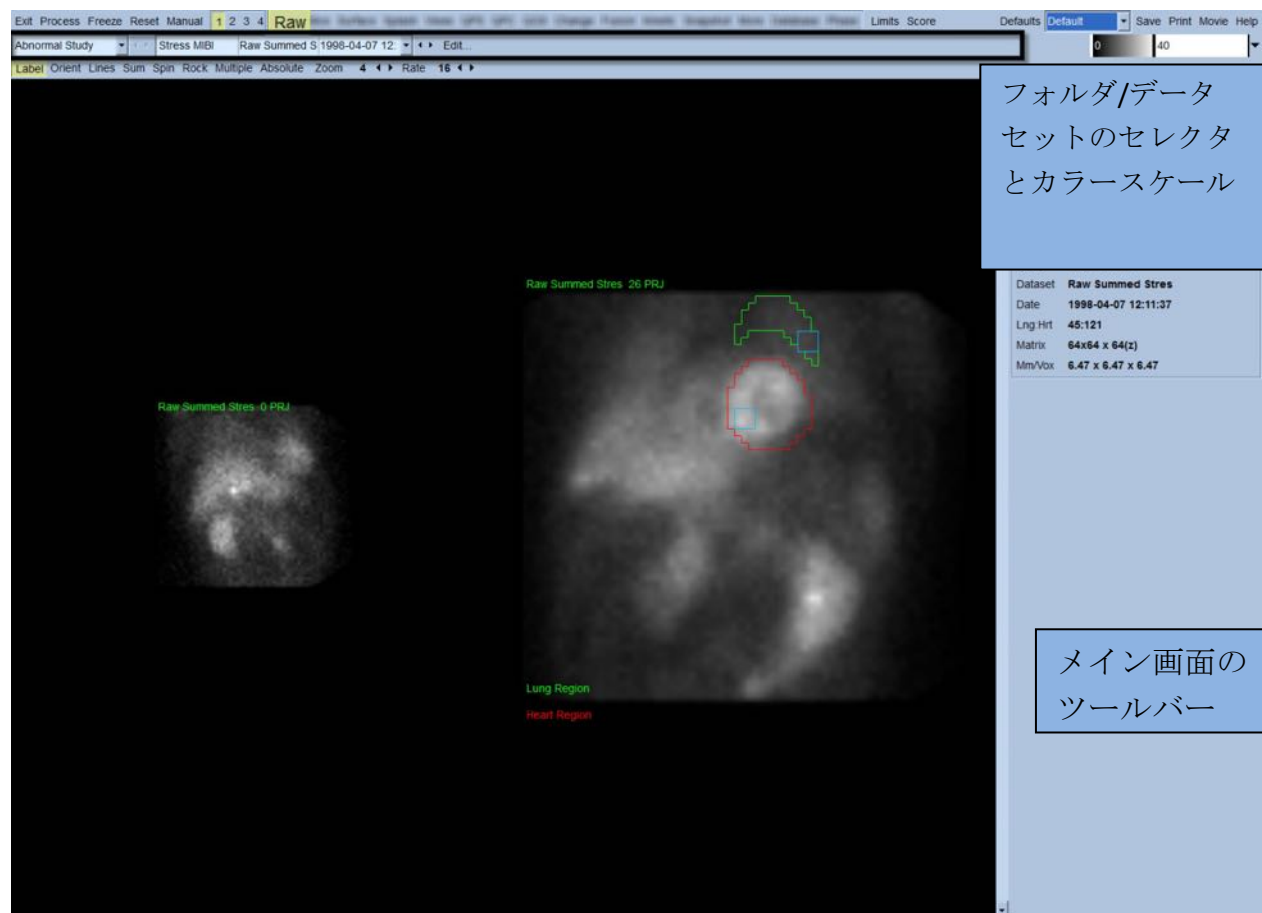
## 4.2 ファイルの選択 (被検者の例を使用)

QGS+QPS は、心電同期短軸データセットまたは加算短軸データセットを 1 つまたは複数使用して、灌流および機能の全体と局所的なパラメータを数値化できます。灌流分析では、通常は負荷時と安静時のデータセット、負荷時と再分布、安静時と再分布などのように 2 つのデータセットが使用されます。可能な場合は、収集アーチファクトを処理と分析の流れのできるだけ早い段階で評価できるように、関連の投影データセットも選択するようお勧めします。この例では、ABNORMAL STUDY という被検者の次のファイルを選択したことにして説明を進めます。

| スタディ          | データセット            | 説明               |
|---------------|-------------------|------------------|
| STRESS MIBI   | Raw Summed Stress | (合計負荷時投影画像セット)   |
| STRESS MIBI   | Raw Gated Stress  | (心電同期負荷時投影画像セット) |
| STRESS MIBI   | SA Gated Stress   | (心電同期負荷時短軸画像セット) |
| STRESS MIBI   | SA Summed Stress  | (合計負荷時短軸画像セット)   |
| REST THALLIUM | Raw Summed Rest   | (合計安静時投影画像セット)   |
| REST THALLIUM | Raw Gated Rest    | (心電同期安静時投影画像セット) |
| REST THALLIUM | SA Gated Rest     | (心電同期安静時短軸画像セット) |
| REST THALLIUM | SA Summed Rest    | (合計安静時短軸画像セット)   |

### 4.3 起動

QGS+QPS を標準構成で起動すると、下図のようなメインの画面が開き、**Raw [生]** ページのボタンと **Label [ラベル]** ボタンがハイライトされています。**Raw Summed Stress** データセットの代表的な投影画像が表示されていますが、その左側の数字はデータセットの中での順番を示します。**Label [ラベル]** を左クリックすると番号をオンオフできます。心臓外放射線活動が存在する場合は、縦の黒線を左クリックしてスケールの右端にドラッグすると、スケールが「飽和」して左心室が見えるようになります。



フォルダ名 (通常は被検者名) と投影データセットの名前は、データセットセレクトとデータセットエディタ、およびカラースケールと共に水平なバーに並んで表示されます。

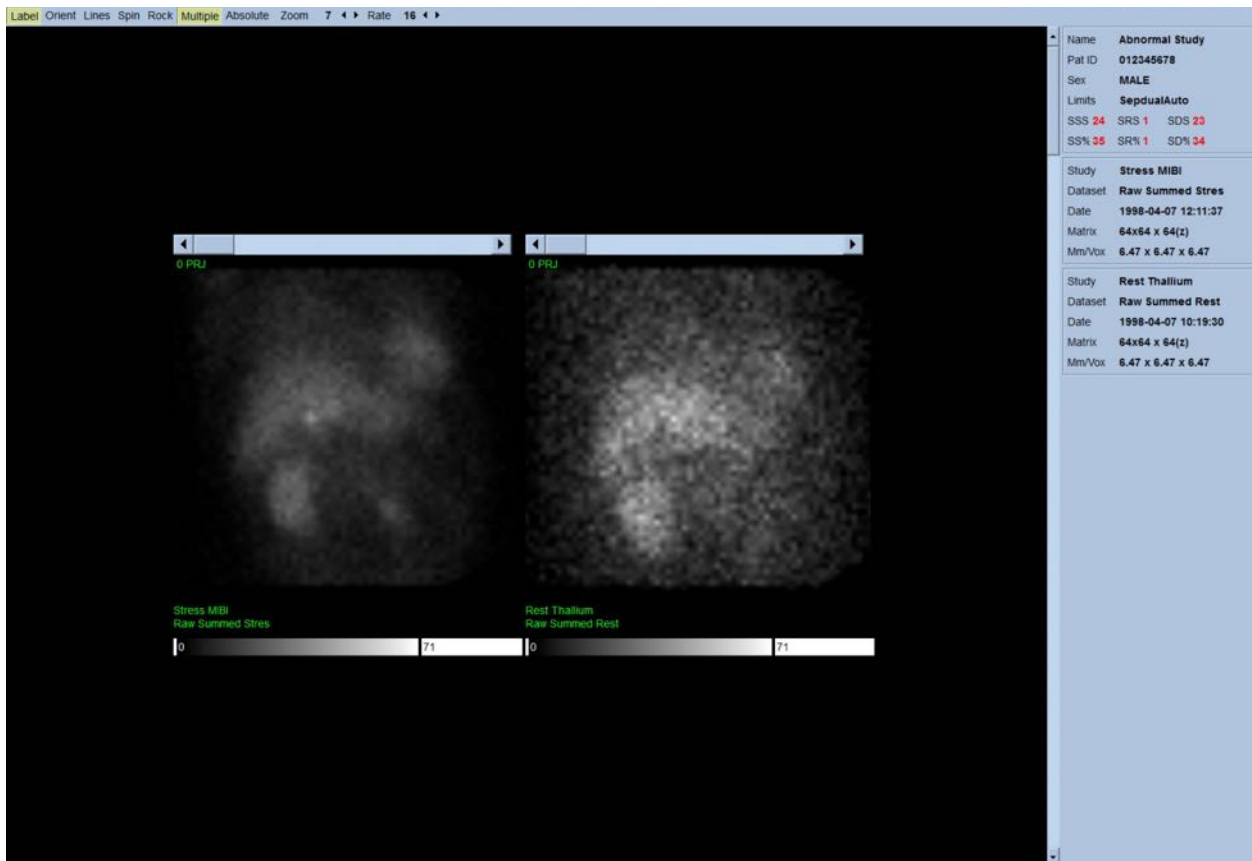


データセットセレクトを左クリックすると、プルダウンメニューが表示され、下図のように選択されたデータセットがすべてリストに表示されます。そこから任意の投影データセットを選択して表示できます。



|               |                  |                     |               |        |        |            |
|---------------|------------------|---------------------|---------------|--------|--------|------------|
| Stress MIBI   | Raw Summed Stres | 1998-04-07 12:11:37 | Raw / NM / EM | Static | Stress | Supine LHR |
| Rest Thallium | Raw Summed Rest  | 1998-04-07 10:19:30 | Raw / NM / EM | Static | Rest   | Supine     |
| Stress MIBI   | Raw Gated Stress | 1998-04-07 12:11:37 | Raw / NM / EM | Gated  | Stress | Supine     |
| Rest Thallium | Raw Gated Rest   | 1998-04-07 10:19:30 | Raw / NM / EM | Gated  | Rest   | Supine     |

最後に、ページコントロールバーの **Multiple [複数]** を左クリックすると、2つの投影データセット (場合によってはそれ以上) を並べて表示できます。カラースケールは両方の画像に適用されますが、個々の画像の下に表示されるカラースケールはその画像にのみ適用されます。各ページのページコントロールバーに表示されるコントロールの数は、メインのツールバーで選択されたページによって異なります。



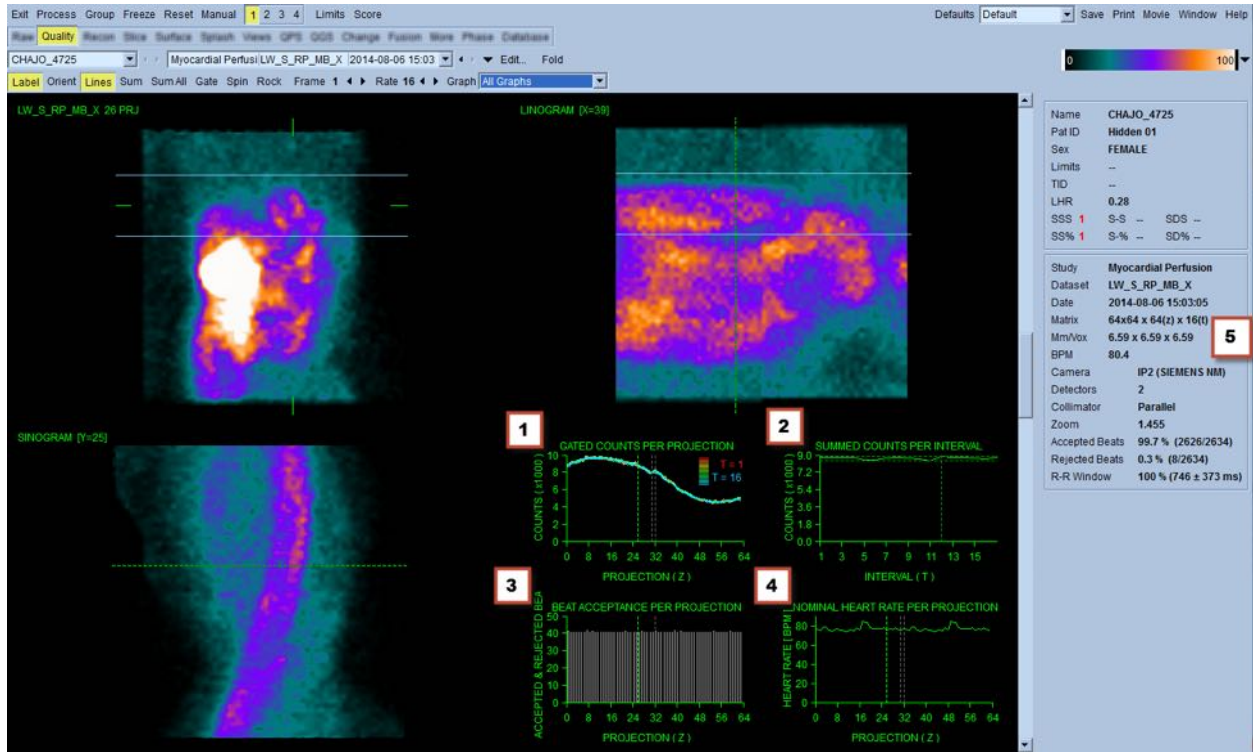
#### 4.4 画質の評価

画質ページには投影画像が表示されます。このページには読み込まれたスタディ全体の画質を評価するために、体動アーチファクト、低カウント密度、同期エラーその他、潜在的な問題の識別に役立つ複数の画質管理ツールがあります。バンダーがデータセットのヘッダに QC 情報を含めている場合、それが表示されるのは **Quality [画質]** ページのみです。

生の投影画像、サイノグラム、リノグラムに加えて、画質ページには以下も表示されます。

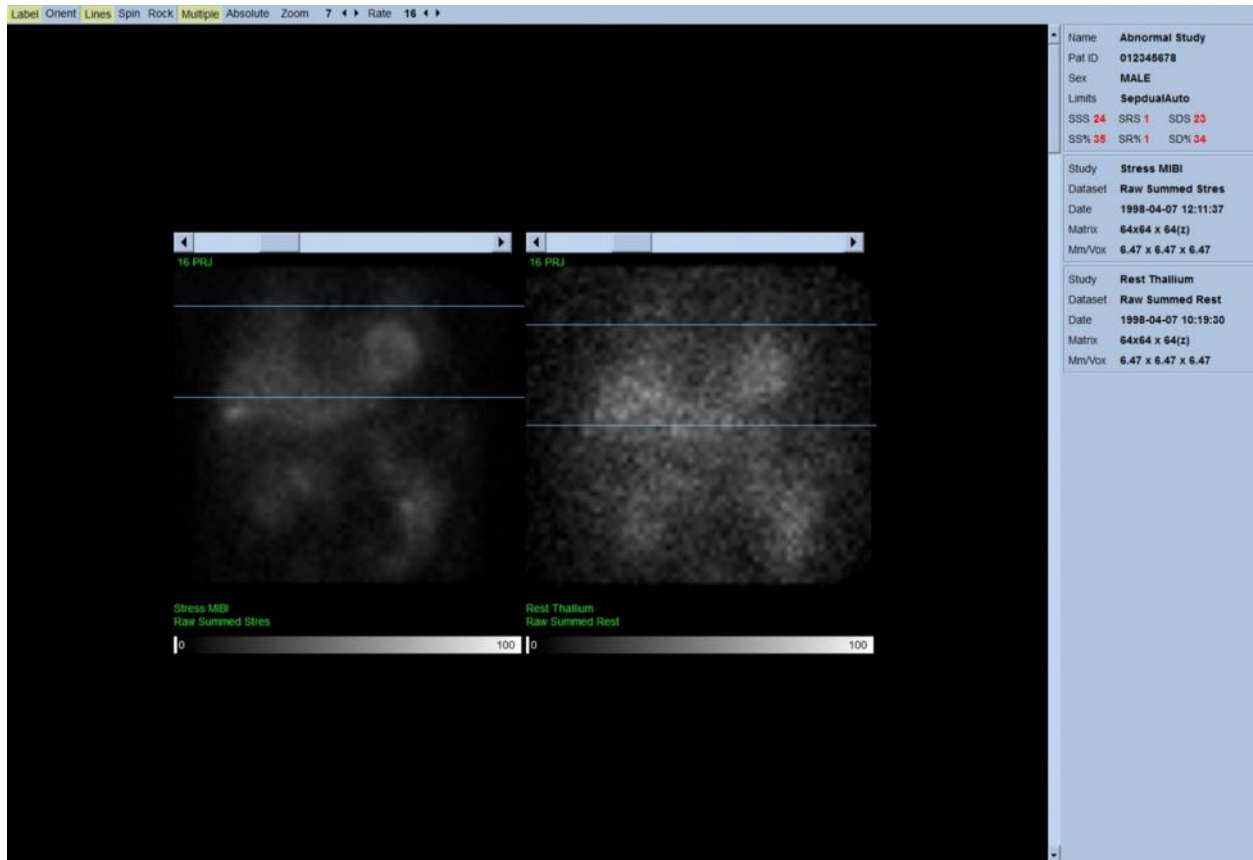
1. 投影あたりの同期カウント数
2. 同期位相あたりの合計カウント数

3. 整脈数と不整脈数
4. 投影あたりの公称心拍数
5. その他の情報 - 平均心拍数、カメラ、コリメータ、拡大率、整脈数と不整脈数 (%)、R-R ウィンドウ。



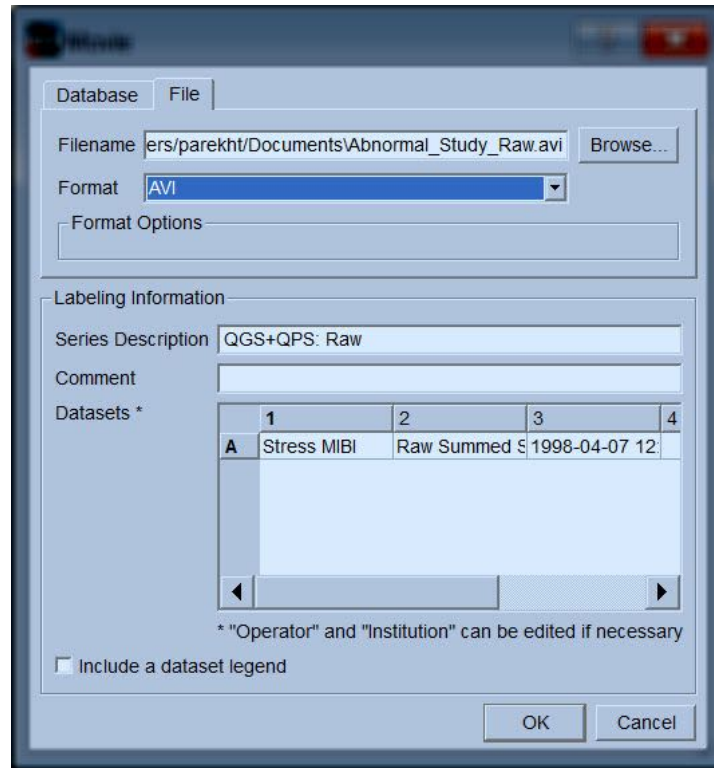
#### 4.5 回転投影画像を評価する

**Lines [基準線]** ボタンをクリックすると2本の横線が表示されますが、これは下図に見られるように左心室をきつく挟むように手で調整します。次に、**Spin [ループ]** をクリックして投影データセットの連続ループシネの表示 (0 から 360 度の連続回転) を開始できます。**Rock [往復]** ボタン (**Spin [ループ]** ボタンと併用) は往復回転 (0 から 180 度と 180 から 0 度の半回転) を繰り返し表示します。シネの速度は **Rate [速度]** ラベルの右側の ◀ ▶ 記号をクリックして調整できます。左心室の境界線が突然動いて基準線から離れるまたは近づくように見える場合は注意を払う必要があります。同様に上方向の均一な動き (心臓が上方向にずって行くのは運動の後に腹膜が正常位置に戻るときによく見られる) にも注意を払います。2 検出器カメラを 90 度に設定して使用した場合、検出器の位置のずれと投影データセットの中間の対応関係で、上方向のずり上がりが急激な「ジャンプ」になる場合があります。大きな体動は数値パラメータに影響する可能性があるため、そのような体動が検出されたときは収集をやり直すのが懸命です。



被検者または臓器の動きに加えて、フリッカー (近隣の投影画像間で明暗が突然変化する) は投影画像のシネを見て評価できます。心電同期投影データセットの加算によって非心電同期投影画像が作成された場合、フリッカーはしばしば同期エラーを示している場合があります。

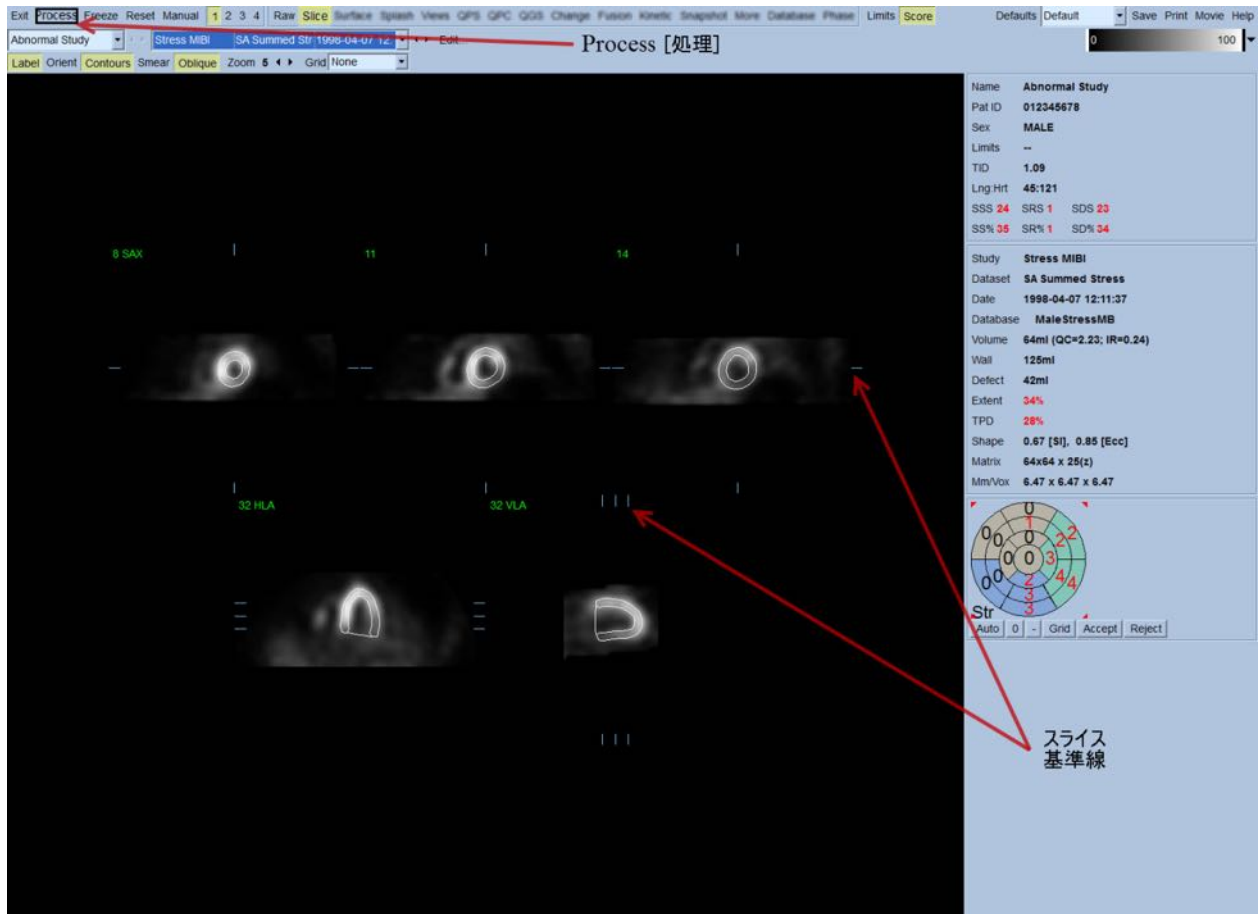
生データの動画ファイルを作成するには、ページの右上にあるツールバーで **Movie [ムービー]** ボタンをクリックして **Movie [ムービー]** ダイアログボックスを開きます。**File [ファイル]** タブのページで、新しく作成される動画 (AVI) ファイルのパスと名前を指定します。**[OK]** をクリックします。



## 4.6 スライス画像の処理

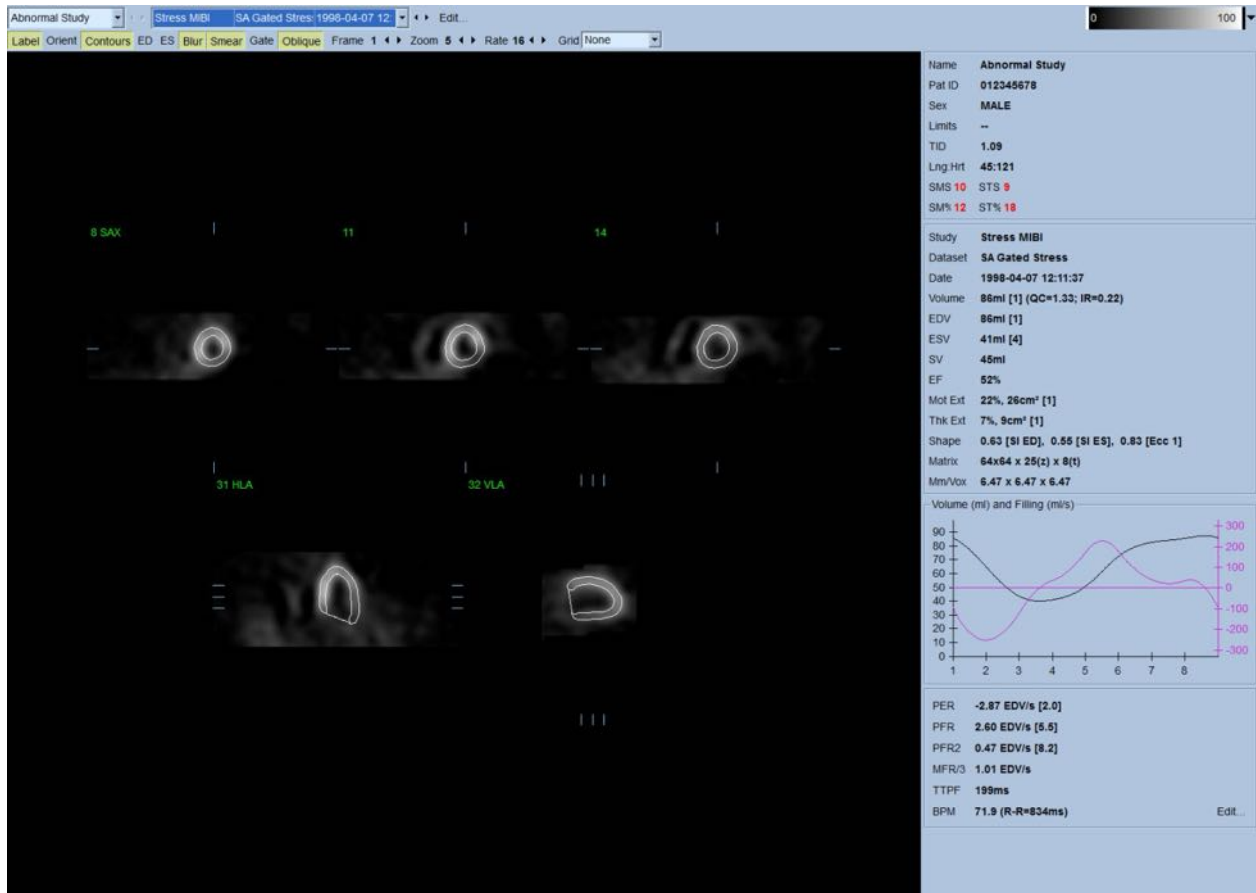
**Slice [スライス]** ページを示すボタンをクリックしてハイライト表示すると、QGS+QPS の **Slice [スライス]** ページに進みます (下図を参照)。その結果、SA Stress Gated (短軸負荷時心電同期)データセットまたは Short Axis (SA: 短軸) データセットが自動的に選択されて表示されます。「スライス」とよばれる 2D 画像が ACC 標準の 5 つの向きで表示されます。この表示では上の行が短軸画像で、左から右に、心尖に近いスライスから心基に近いスライスが 3 つ並び、下の行には水平と垂直の長軸画像が並びます。

**Process [処理]** ボタンをクリックすると、そのデータに適用可能なアルゴリズムが自動的に適用されて、左心室のセグメント化が行われ、心臓の内壁と外壁の 3D 壁面と弁平面が計算され、全体および局所の定量心臓パラメータが決定されます。3D 壁面と弁平面が交差するところは 2D スライス平面では「輪郭線」として 5 つのスライスに重ねて表示されます。5 つのスライスは、等間隔でスライスされた短軸画像と左心室の真ん中でスライスされた長軸画像を表しています。



スライス  
基準線

さらに、画面右側の数値パラメータのフィールドには数値が表示され、時間-容積グラフと充満速度グラフも表示されます (心電同期短軸データセットで)。測定値については後ほど詳しく説明します。

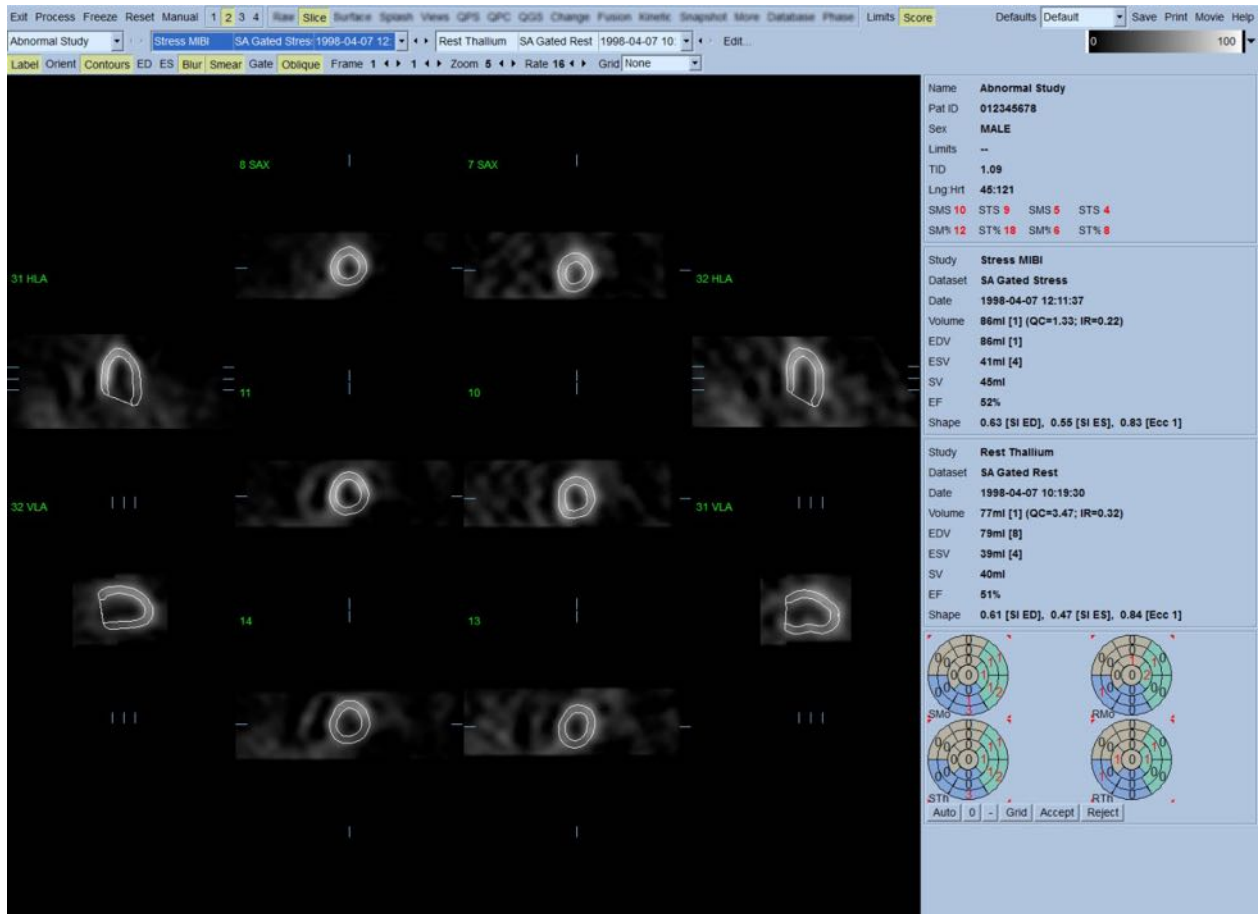


#### 4.6.1 グループ処理

グループ処理は、すべての使用可能なデータセットを同時に評価して左心室の構造を解明します。このアルゴリズムによって、データセットの中に構造を確定できない領域を持つものがある場合、すべての使用可能な情報を利用してスタディ間に恣意的な矛盾を発生させないような判定が可能になります。**Group [グループ]** がオンになっていると、同じ被検者に属するデータセットが「ペア」(スタディが 2 より多い場合は「グループ」)として処理されます。

#### 4.6.2 輪郭線の確認

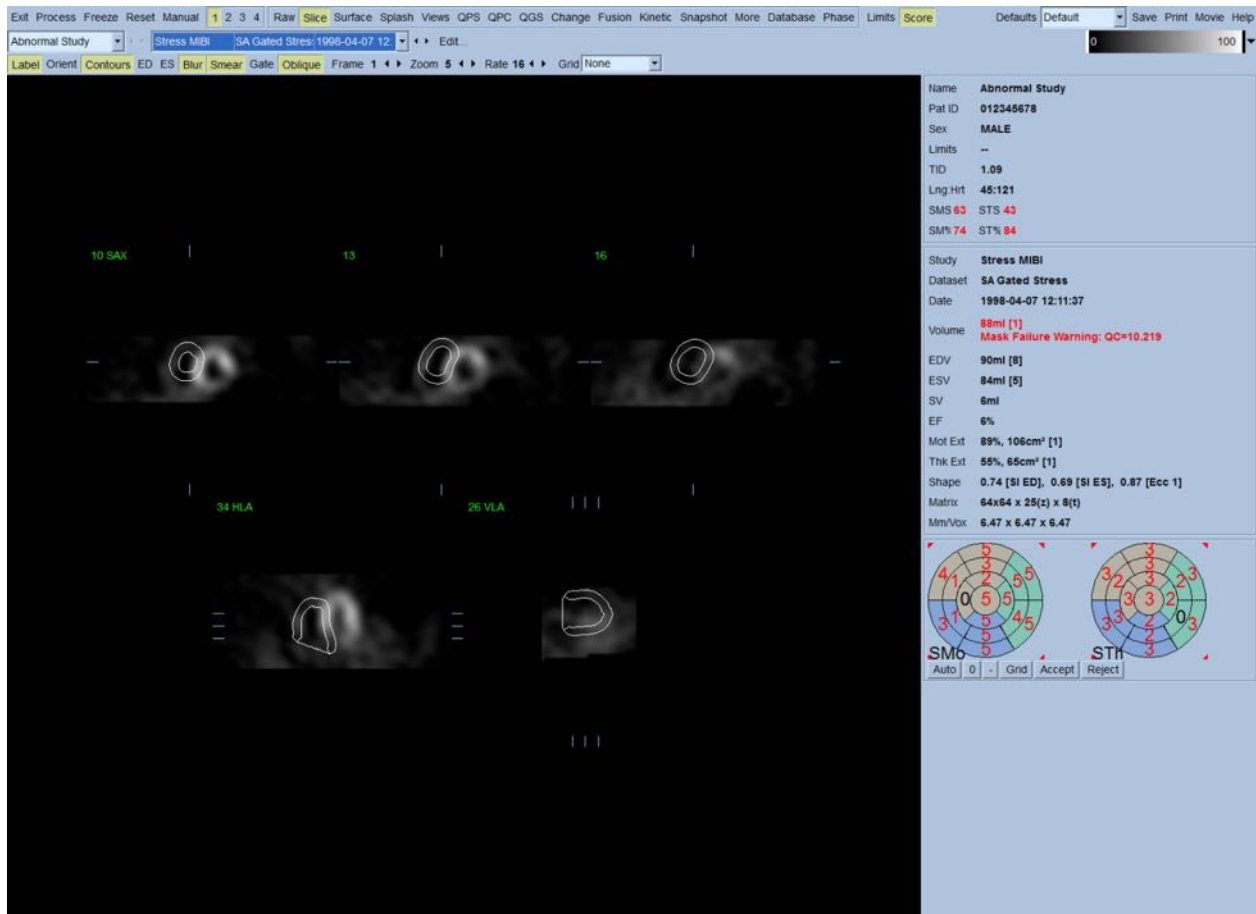
5つのスライスのスライス場所は、対応するスライス基準線を直交ビューで見ながら移動することによって、対話形式で調整できますが、患者のスタディではほとんどのその必要はありません。負荷時と安静時の短軸データセットを両方とも表示するには、**[2]** (両方) ボタンをクリックします。これによって画面が 2 つに分割されます (下図を参照)。負荷時の画像が左半分に、安静時の画像が右半分に表示されます。



この時点で、左心室をなぞる輪郭線の正確さを目視点検します。このとき多くの場合、**Contours [輪郭]** ボタンをクリックしてオンオフしたり、**Gate [同期]** ボタンをクリックして画像の動き(シネ)を設定したりしながら点検することになります。大きなずれは、ほとんどが心臓外放射線活動の存在によるもので、それは下図に見られるように見れば直ぐにわかります。特に下壁領域で、中心が左心室以外の部位にある輪郭線、近隣の放射線活動に引きずられている輪郭線などがよく見られます。このような例は非常にまれ(出版されている文献では0~5%)であり、**Manual [手動]** オプションを使って簡単に対処できます。



**注意:** エラー率が常に 10% を越える場合、データ収集方法に関連して、被検者位置(高すぎる/低すぎる)その他の問題が一貫して存在する可能性があります。



## 4.7 輪郭線の変更 (Manual [手動] ページ)

**Manual [手動]** ボタンをクリックすると、異なったバージョンの Slice [スライス] ページが表示され、スライスにマスクング図形が重ねて表示されます。マスクング図形の形状と位置はそのハンドル (下図の例のマスクング図形の要所要所に配置された小さな正方形) を左クリックしてドラッグすれば変更できます。マスクの形状と位置を、心臓外放射線活動を除外して左心室を取り囲むように変更します。その前に、**Contours [輪郭]** ボタンをクリックして不正確な輪郭線をオフにするようお勧めします。**Mask [マスク]** ボタンをクリックして **Process [処理]** ボタンをクリックすると、自動アルゴリズムがマスク内の 3D 画像の部分进行处理して新しい輪郭線と新しい測定値を生成して表示します。

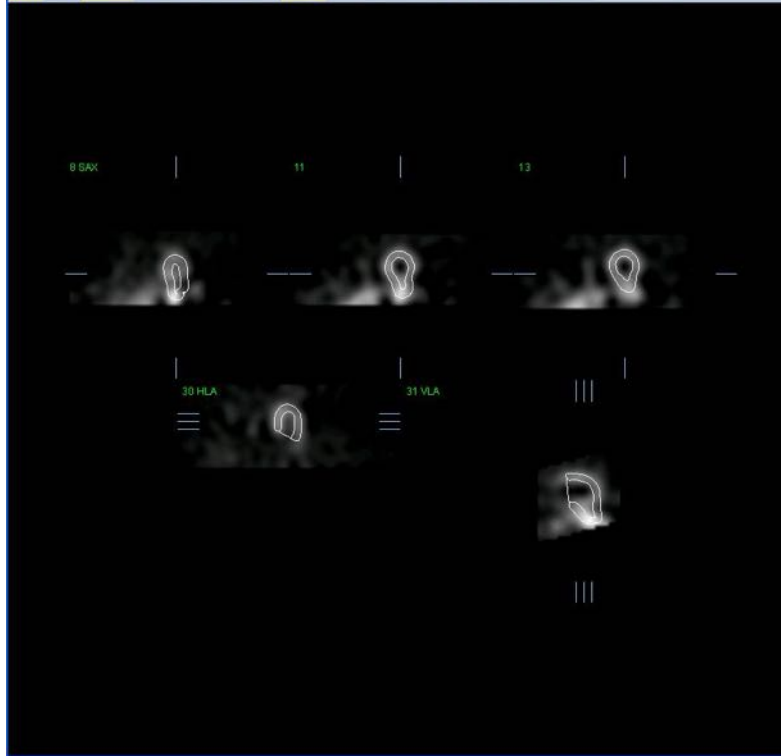


1. Position short axis crosshairs over LV center.  
 2. Position long axis line end-points over LV apex and base.  
 3. Position mask outside of LV.  
 4. Select Localize (limits initial LV search to mask) and then process.  
 5. If necessary, reprocess with Mask (disregards all counts outside of mask) and/or Constrain (locks LV apex and base).

この時点までは、左心室の長軸に配置されたセグメントは参照としてのみ使用されてきました。単純なマスキングが満足いく輪郭線を生成しなかった場合、心尖部と心基部の輪郭線が通るべき2点を設定するオプションがあります。これは、**Constrain [制約]** ボタンをクリックしてハイライトしてから、**Process [処理]** ボタンをクリックすることによって行います。



**注意:** **Constrain [制約]** オプションを使用すると、定量測定の再現性に重大な影響を与えます。このオプションは絶対に必要な場合にだけ使用してください。**Manual [手動]** ページでマスキング処理を始めるときは、**Constrain [制約]** ボタンがハイライトされていないことを確認してください。**Constrain [制約]** を使用する必要がある場合の1つは、弁平面の識別に誤りがあり、負荷時や安静時における輪郭が明らかにその場所を越えている場合です。その場合、灌流極座標マップの外周に、標準の冠状領域に結び付いていない、不自然な低灌流の「リング」ができるのが普通です。



#### 4.8 スライスページで心電同期 SPECT 画像を評価する

左心室機能の最初の視覚的評価は **Gate [同期]** ボタンをクリックして 5 スライスのシネを表示し、さらに **Contours [輪郭]** ボタンをクリックしてオンオフしながら行います。シネの速度は **Rate [速度]** の右側の ◀ ▶ 記号をクリックして調整できます。さらに、**Blur [スムーズ(動)]** と **Smear [スムーズ(画)]** ボタンを左クリックすることによって、画像に時間的スムージングフィルタと空間的スムージングフィルタを適用できます。これは特に低カウント数画像の視覚的評価における統計的なノイズの削減に役立ちますが、数値的な結果には影響しません。



**参考情報:** Blur (スムーズ(動)) および Smear (スムーズ(画)) 機能は、画像表示にのみ影響します。QGS アルゴリズムは、スムージングの設定に関係なく、スムージング処理されていないオリジナルのデータに適用されます。



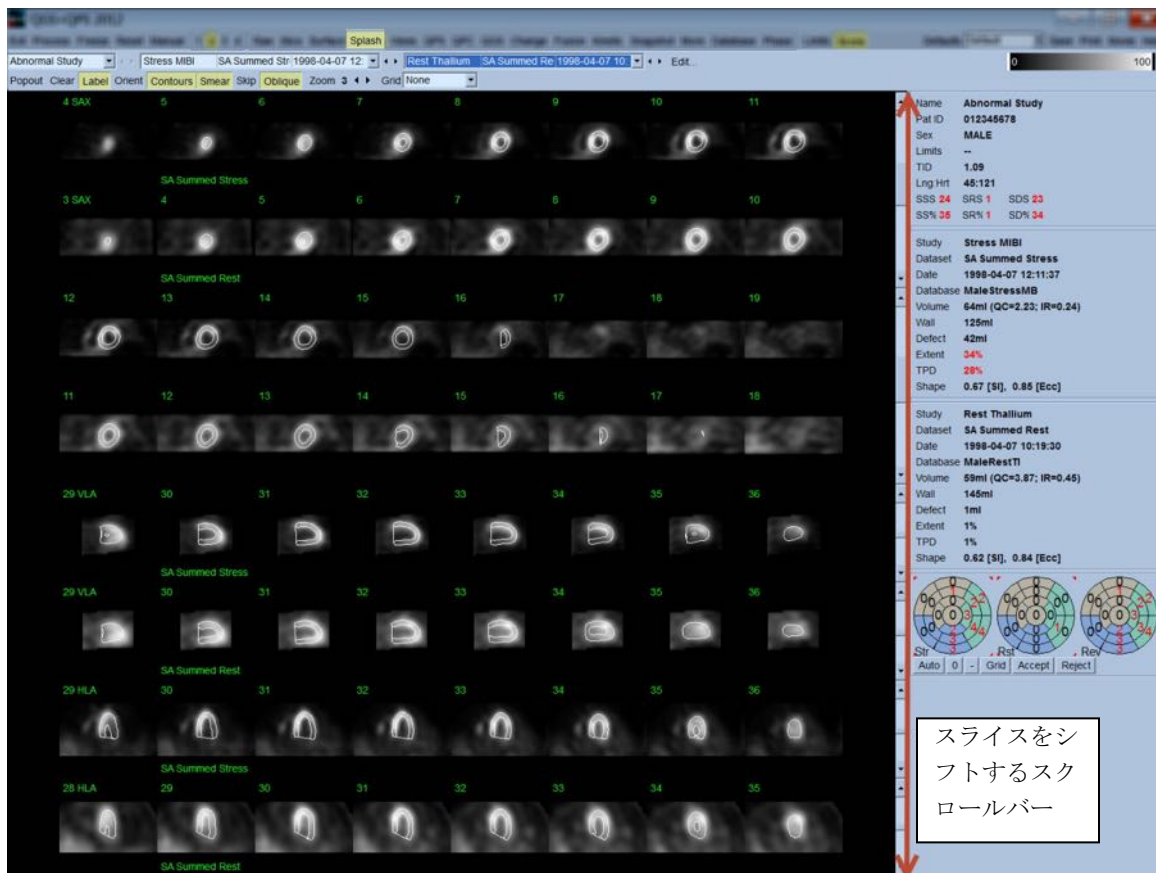
**参考情報:** Cedars-Sinai Medical Center (CSMC) では通常、壁運動の評価にはグレースケールまたは温度スケールが使用され、壁厚変化の評価には 10 刻みスケール (10 ステップ) が使用されます。CSMC のセグメントのスコア方法についての包括的な説明は、Berman D, Germano G. An approach to the interpretation and reporting of gated myocardial perfusion SPECT. In: G Germano and D Berman, eds. Clinical gated cardiac SPECT. Futura Publishing Company, Armonk; 1999:147-182 を参照してください。基本的には、画像は 20 または 17 セグメントモデルに基づき 0 ~ 5 点 (壁運動) または 0 ~ 3 点 (壁厚変化) のスコアで評価されます。

## 4.9 スプラッシュページで心電同期や加算 (非同期) SPECT 画像を評価する

**Slice [スライス]** ページでは、灌流異常の存在とその場所の最初の評価を手早く行うことができますが、正確な灌流の評価は短軸データセット全体の評価から始める必要があります。**Splash [スプラッシュ]** ページのボタンをクリックすると、**[2]** ボタンがオンの場合、すべての使用可能な短軸画像が表示され、負荷時と安静時のスタディが交互に並びます。**Info [情報]** ボックスの最初に表示されているデータセットは 1、3、5、7 の各奇数行に、2 番目のデータセットは 2、4、6、8 の各偶数行に対応しています。負荷時と安静時の画像は、自動的に選択され、両方の画像の並びは良く揃っているはずですが、手動でどちらかのデータセットを 1 スライスまたは複数スライスずらして表示したい場合には、その画像が表示されている行の右側にあるスクロールバーをドラッグします。**Gate [同期]** ボタンをクリックすることによって複数の心電同期画像をシネ画像として同時に表示できます。

空間的スムージングのフィルタを画像に適用するには、ページコントロールバーの **Smear [スムーズ(画)]** ボタンをオンにします。これは低カウント数画像の視覚的評価における統計的なノイズの削減に特に役立ちますが、数値的な結果には影響しません。

**Splash [スプラッシュ]** ページでデータセットセレクタをクリックすると、使用可能な短軸画像がすべて表示されます。**Smear [スムーズ(画)]** と **Blur [スムーズ(動)]** ボタンを左クリックすることによって、画像に空間的スムージングフィルタと時間的スムージングフィルタを適用できます。これは低カウント数画像の視覚的評価における統計的なノイズの削減に特に役立ちますが、数値的な結果には影響しません。



オプションとして、主要なスライスを拡大して詳細に評価できます。それには、画像を右クリックして選択/選択解除し(選択された画像の領域の角の耳は青でハイライトされます)、**Popout [拡大表示]** ボタンを左クリックします。すべてのスライスを選択解除するには、**Clear [クリア]** をクリックします。下図の画像は **Splash [スプラッシュ]** ページの **Popout [拡大表示]** ボタンを使って、負荷時と安静時のデータセットに対してそれぞれ4つの短軸画像、水平と垂直の長軸画像を表示できることを示しています。



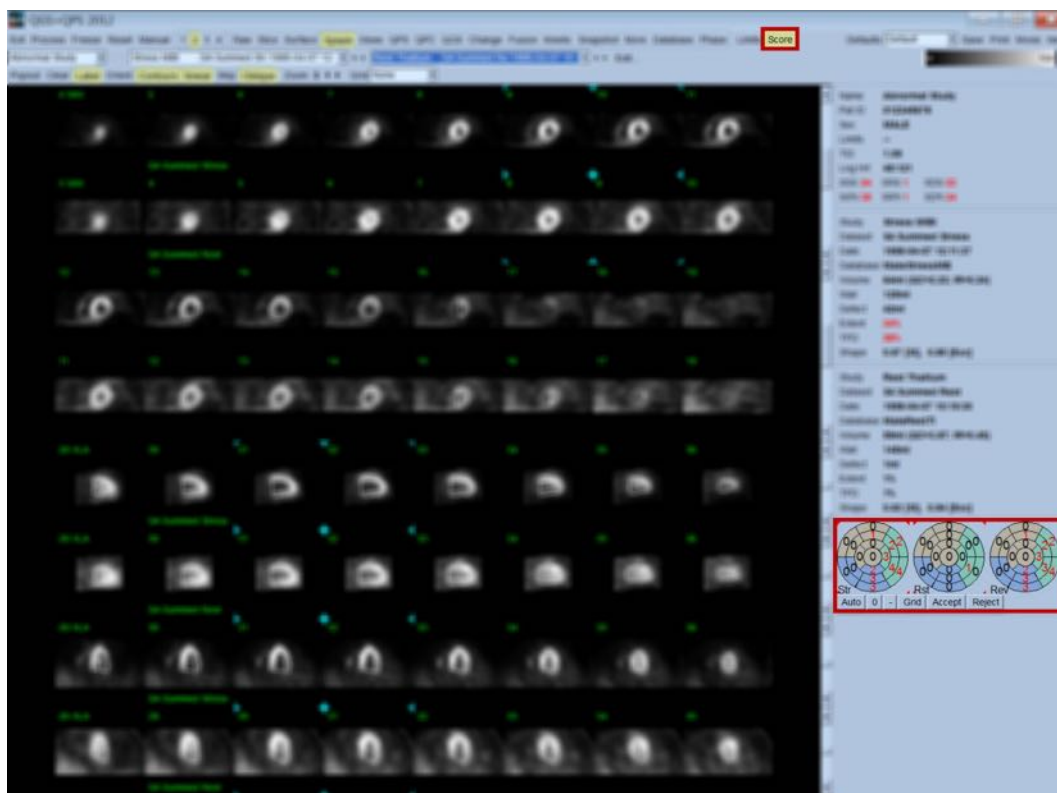
**参考情報:** Cedars-Sinai Medical Center (CSMC) では通常、灌流の評価にグレースケールまたは温度スケールを使用しています。CSMC のセグメントのスコア方法についての包括的な説明は、Berman D, Germano G. An approach to the interpretation and reporting of gated myocardial perfusion SPECT. In: G Germano and D Berman, eds. Clinical gated cardiac SPECT. Futura Publishing Company, Armonk; 1999:147-182 を参照してください。基本的に、画像は 20 または 17 セグメントモデルに基づいて 0 ~ 4 (0=正常 ~ 4=無灌流) 点のスコアで採点されます。

#### 4.9.1 スコアボックスの使用

**Score [スコア]** ボタンをクリックすると、**Score Box [スコアボックス]** に、負荷時、安静時、およびその差分が極座標マップに 20 セグメントまたは 17 セグメントの区切り付きで表示されます。下図は 20 セグメントスコア図の例です。スコア化された極座標の各リングと表示される画像との関係は、心尖部が円心に心基部が外周に対応します。

このような表示形式の目的は、灌流を採点する必要のある 20 (または 17) のセグメントを特定しやすくすることです。ページコントロールバーの **Grid [グリッド]** プルダウンメニューの **Segments [セグメント]** オプションを選択すると、どのスライスどの部分がどのセグメントに対応するかがわかるように、負荷時と安静時の画像にセグメントの区分が重ねて表示されます。**Grid [グリッド]** プルダウンメニューの **Segments [セグメント]** と **None [なし]** オプションを交互に選択すると、セグメントスコアの視覚的な評価に役立ちます。自動生成されたスコアは、必要に応じて、スコアボックスでスコアを入力してオーバーライドできます。

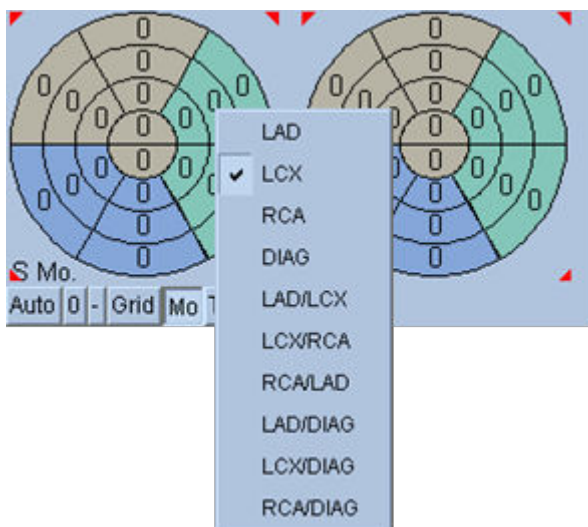
一般的な正常値範囲がすべての同期短軸データセットに適用され、それを元にすべてのセグメントで壁運動と壁厚変化のスコアが自動的に計算されます。さらに、合計壁運動スコアと合計壁厚変化スコア (SMS と STS)、合計壁運動率と合計壁厚変化率 (SM% と ST%)、 $\text{cm}^2$  単位の壁運動と壁厚変化の異常範囲 (Mot Ext と Th Ext) とその心筋中央面の面積に対する比率も自動的に計算されます。臨床医が不正確であると判断したセグメントスコアは、ボックス内の数値を右クリックまたは左クリックしてその値を増減できます。SMS、STS、SM%、および ST% は自動的に再計算されます。



その被検者に対する適切な正常値範囲があらかじめ設定されている場合、すべてのセグメントの灌流スコアが自動的に計算され、合計負荷時スコア、合計安静時スコア、差分スコア (SSS、SRS、SDS) も、対応する合計比率スコア (SS%、SR%、SD%) と灌流異常範囲も自動的に計算されます。そうでなければ、適用する正常値データベースを選択する必要があります。それにはデータセットセレクタの横にある **Edit [編集]** ボタンをクリックして適切な正常値範囲のファイルをドロップダウンメニューから選択します。ダイアログウィンドウに表示される正常値範囲の選択肢の一つを選択して、**[OK]** をクリックします。臨床医が不正確であると判断したセグメントスコアは、極座標スコア図内の数値を右クリックまたは左クリックしてその値を増減できます。SSS、SRS、SDS、SS%、SR%、および SD% は自動的に再計算されます。



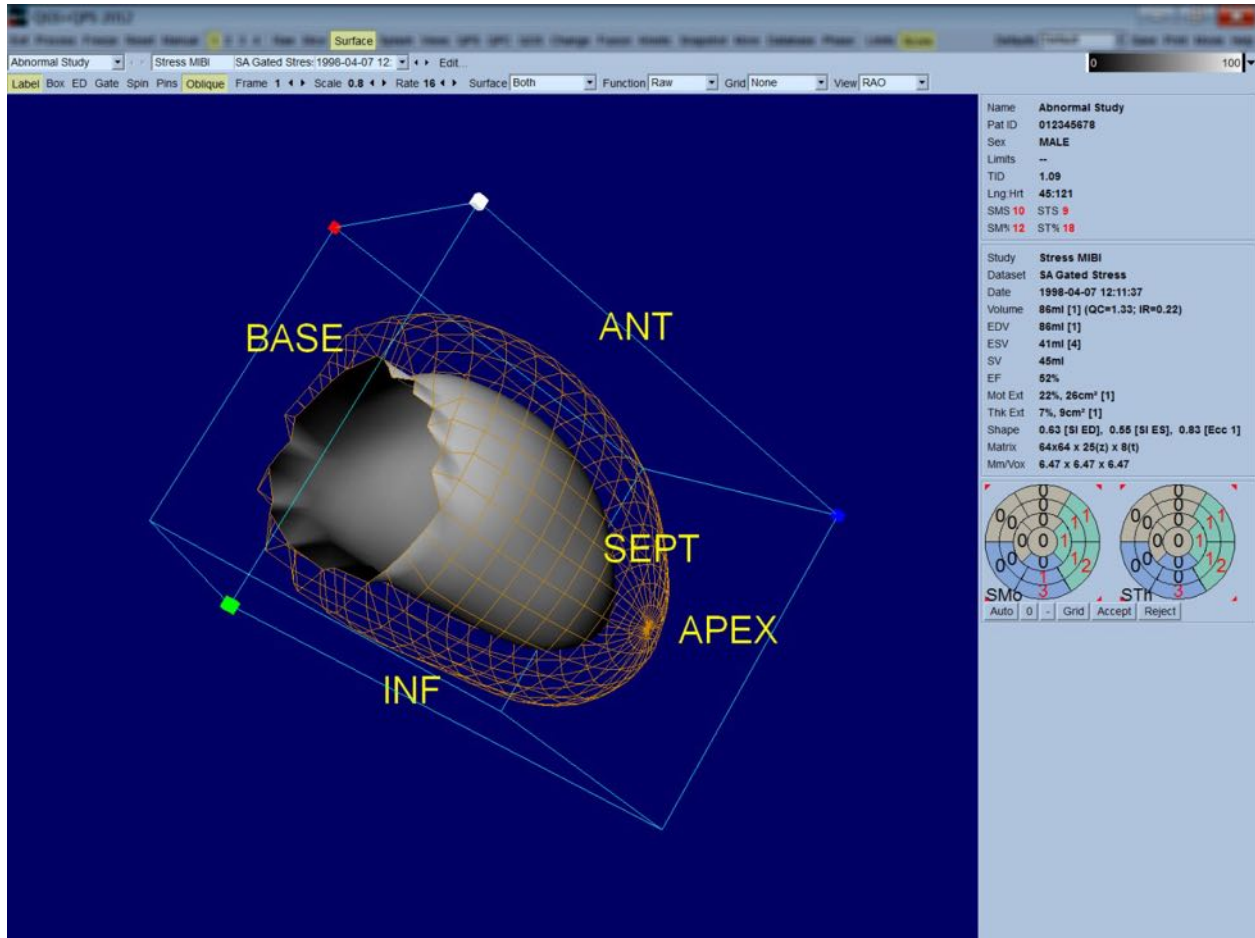
**参考情報:** 合計比率スコアは選択されたモデルに基づいた最悪スコア (5 点評価の 20 セグメントモデルでは 80、5 点評価の 17 セグメントモデルでは 68) に対して正規化された合計スコアを表します。これは **Berman et al., JACC 2003;41(6):445A** で説明されています。



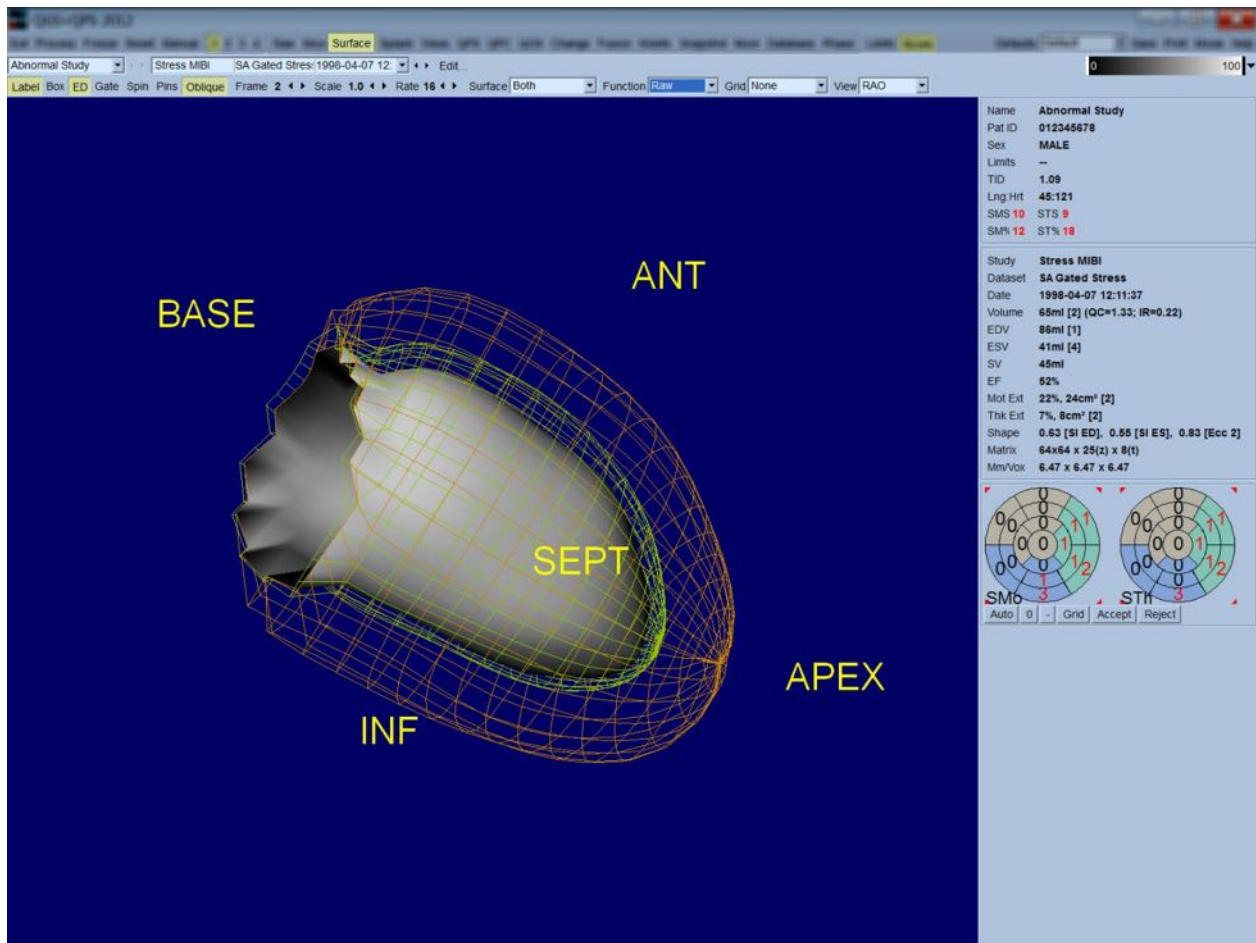
スコアの表示はそのセグメントに血液を供給する冠状動脈に基づくカラーコードによって補強されます。薄茶色は LAD (左前下行枝)、緑は LCX (左旋回枝)、青は RCA (右冠動脈) のセグメントを示します。デフォルトではスコア図に基づいて血管が選択されるようになっています。これは、セグメントを右クリックして血管のリストから適切な血管を選択することによって変更できます。どの血管に異常があるのかがはっきり識別できない場合もあります。その場合は、問題の異常セグメントを選択して血管の組み合わせを選択してください。**Auto [自動]** ボタンをクリックすると、自動生成されたスコアが読み込まれます。

## 4.10 壁面ページで SPECT 画像を評価する

**Surface [壁面]** ページのボタンをクリックすると下図のような Surface [壁面] ページが開き、パラメトリック曲面 (自由曲面) によって表現された左心室が (外壁がワイヤーフレームで、内壁が陰影曲面で) 表示されます。この種の表示は、灌流データでは心電同期の SPECT データほどには役に立ちませんが、左心室の大きさや形状の評価に役立ちます。**Gate [同期]** をクリックすると、シネ表示によって 3D 表示で心周期全体にわたる心筋内壁と外壁の動きを追うことができ、同時に画像をクリックやドラッグで操作してリアルタイムで自由にその位置を変更できます。



心筋壁厚変化は内壁/外壁表示で評価することも可能ですが、壁運動は心筋内壁とその拡張末期での位置を加えた表示で評価する方が容易です。これは、Surface [壁面] プルダウンメニューから Inner [内壁] オプションを選択し、ページコントロールバーの ED [拡張末期] をクリックしてハイライト表示することによって達成できます。表示をこのように設定して、Gate [同期] がオンになっているとき、局所運動の手がかりとして役立つのは、内壁が拡張末期での固定点からどのくらい離れるかを見ることです。そのためには、Surface [壁面] プルダウンメニューから Both [両方] を選択して 3 つの壁面をすべて表示します。



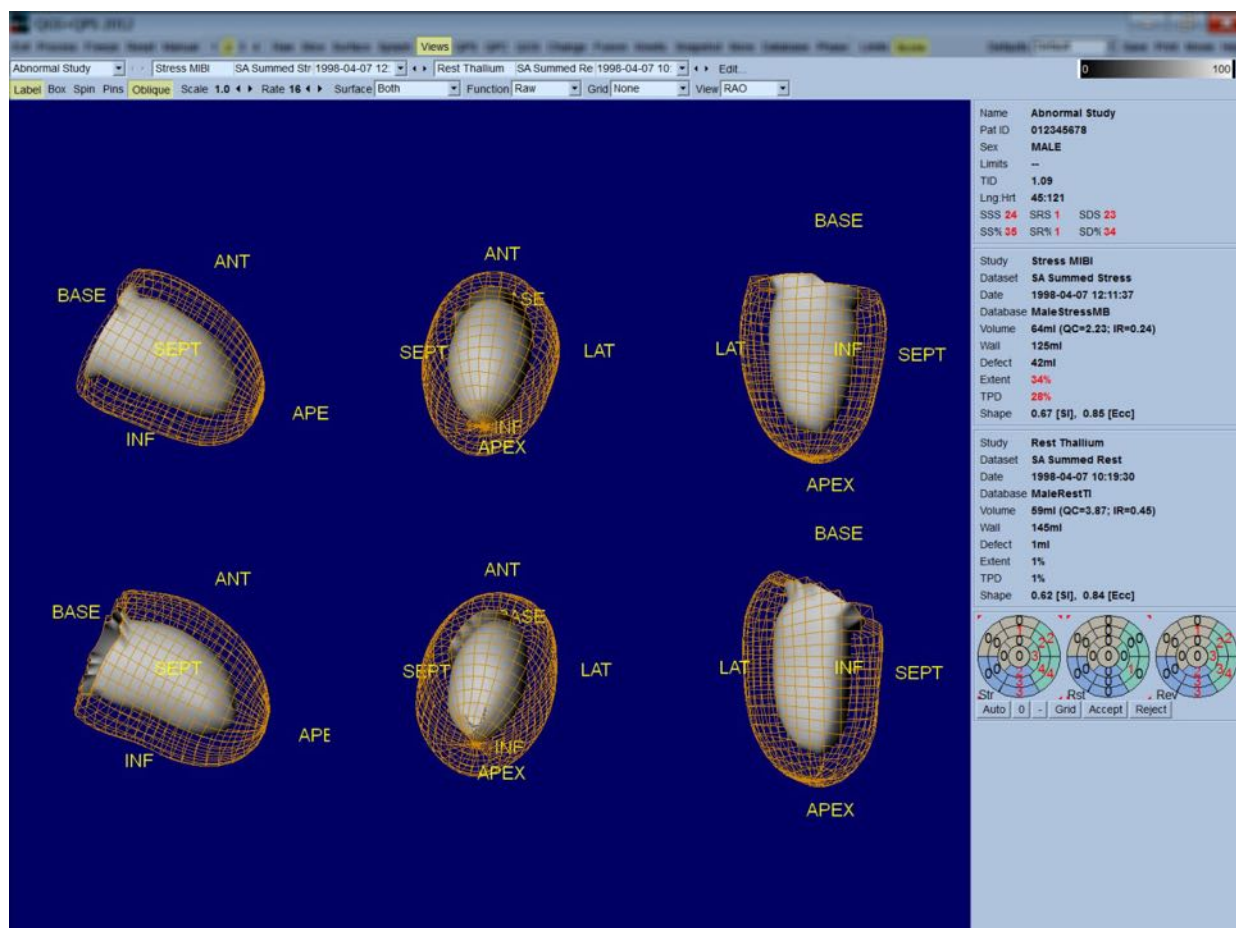
機能的な評価では、心筋内壁にカウント数はマッピングされません。これは大きな灌流欠陥がある被検者の局所機能の評価の妨げにならないようにするためです。心周期に伴う灌流の変化を視覚化するには、Surface [壁面] プルダウンメニューから Counts [カウント数] オプションを選択して、心筋中央面に最大カウント数をマッピングします。

同様に灌流の評価でも、心筋内壁にカウント数はマッピングされません。これは大きな灌流欠陥がある被検者の左心室の大きさや形状の評価の妨げにならないようにするためです。3D 灌流を視覚化する場合は、Surface [壁面] プルダウンメニューから Function [機能] オプションを選択すると、心筋中央面に最大カウント数がマッピングされて表示されます。



## 4.11 複数壁面ページで心電同期 SPECT 画像を評価する

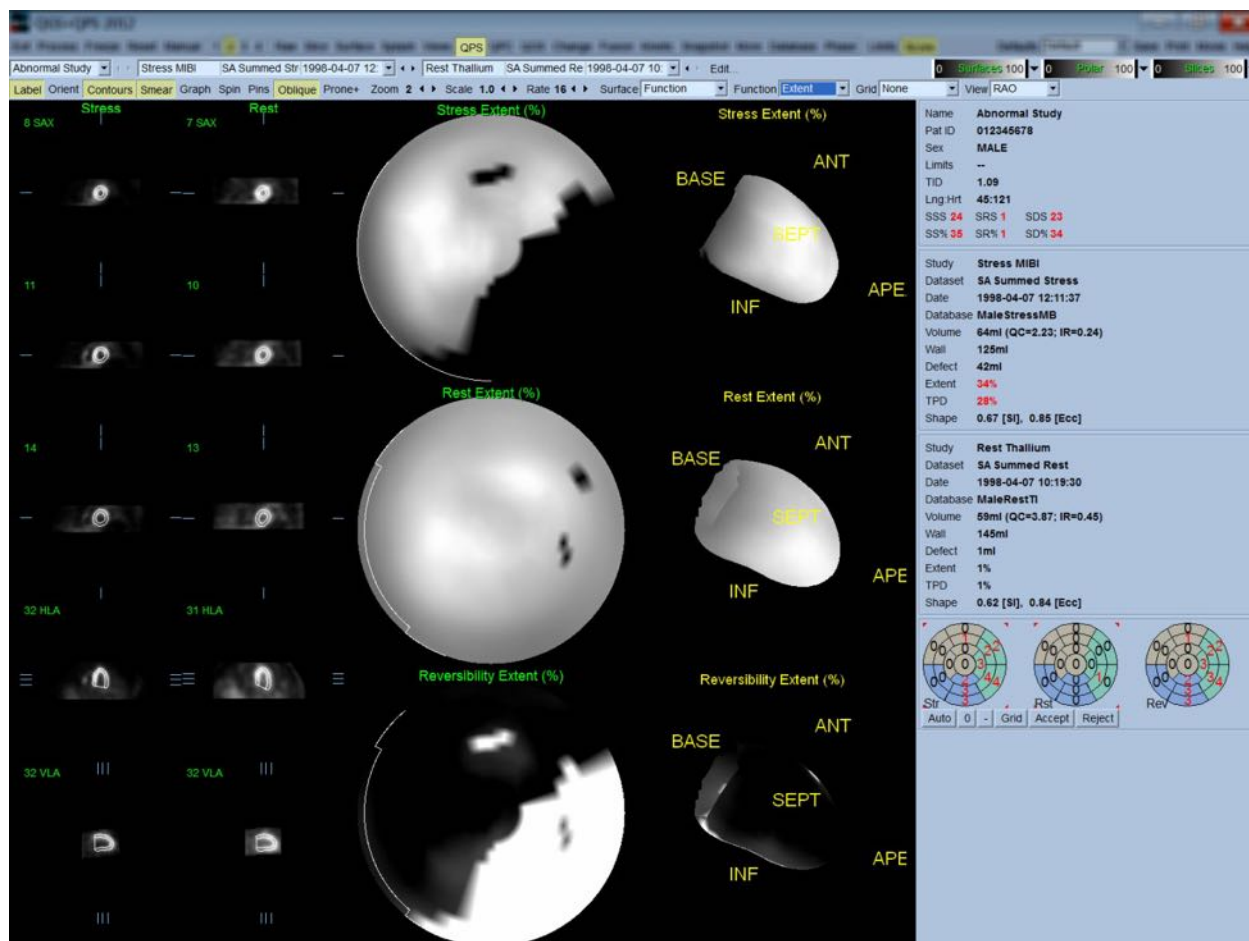
**Views [複数壁面]** ページのボタンをクリックすると、下図のような **Views [複数壁面]** ページが表示され、**Surface [壁面]** ページによく似た 3D 表示領域が 6 つ表示されます。このページの主な目的は左心室のすべてを表示することです (**Surface [壁面]** ページよりは画像が小さくなりますが)。左クリックとドラッグによる操作はすべての画像に同時に適用され、負荷時と安静時の画像比較を促進します。灌流を評価する必要があるときは、ここでも **Surface [壁面]** プルダウンメニューから **Function [機能]** オプションを選択することをお勧めします。心電同期 SA データセットでは上の行に拡張末期の RAO (右前斜)、LAO (左前斜)、および下壁の向きの画像が表示されます。下の行には同じ向きの収縮末期の画像が表示されます。画像は **Gate [同期]** ボタンをクリックすることによって心周期のシネ表示にできます。複数のデータセットが選択されている場合、各データセットから 3 つの向きの画像が表示され、左クリックとドラッグで各列の画像を同時に操作できます。



## 4.12 全部をまとめる : QPS の結果ページ

**[QPS]** ボタンをクリックすると、QPS の結果ページが表示され、その被検者の灌流 SPECT スタディに関するすべての情報が総合的に表示されます。利用可能であれば常に 2 つのデータセットが、結果ページに表示されます ([1]、[3]、[4] の表示オプションは非アクティブ)。**Score [スコア]** ボタンをクリックすると、スコアボックスの代わりに負荷時と安静時の欠陥領域と TPD (全灌流欠陥領域) および欠陥の可逆性を示す表 (**Graph [グラフ]** ボタンがオフの場合)、または負荷時の欠陥領域と可逆性のパーセントを示す棒グラフ (**Graph [グラフ]**

ボタンがオンの場合)が表示されます。このページの画面をキャプチャするとき、**Contours [輪郭]** ボタンをオフにして、**Smear [スムーズ(画)]** ボタンをオンにし、**Function [機能]** プルダウンメニューから **Extent [異常範囲]** オプションを選択すると、依頼医師に送るのに適した画面を作成できます。負荷時と安静時をピクセルあるいはセグメントごとに比較したとき、安静時のスコアが負荷時のスコアより高い値になっている場合は、安静時のセグメントまたはピクセルに負荷時のスコア値が割り当てられます。この規則はピクセルに基づくスコア (TPD、異常範囲、欠陥領域) とセグメントに基づくスコア (スコア図) のすべてに適用されます。

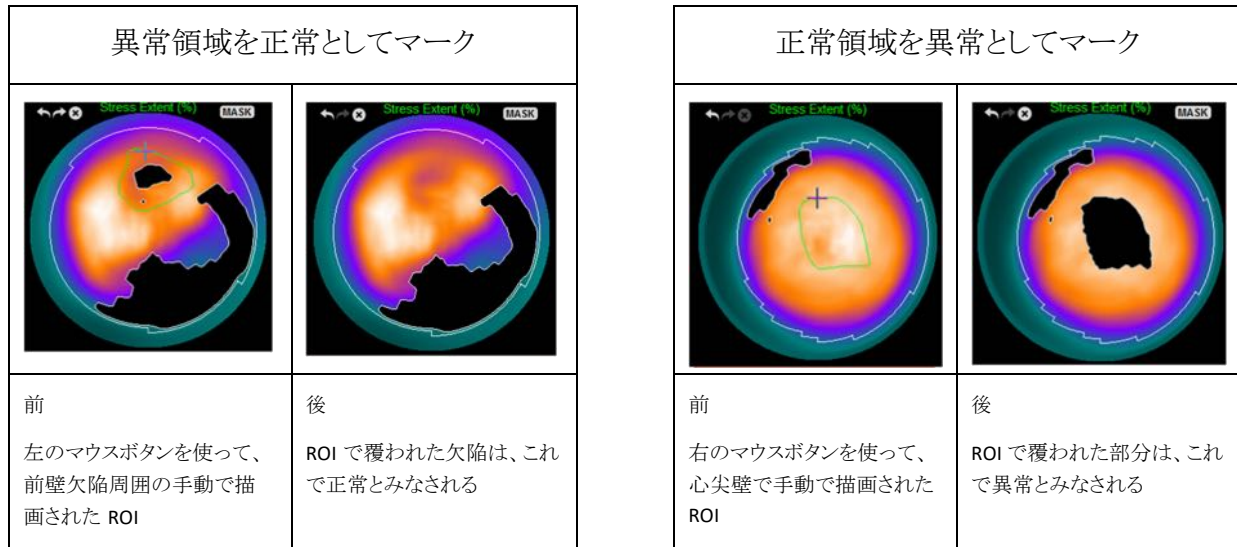


#### 4.12.1 極座標マップを評価する

結果ページには 3 つの灌流極座標マップと 3 つの 3D パラメトリック曲面 (負荷時、安静時、可逆性) が表示されます。**Function [機能]** プルダウンメニューには、**Raw [生]**、**Severity [重症度]**、および **Extent [異常範囲]** のオプションがあり、どれも 2D および 3D 画像に適用できます。**Grid [グリッド]** プルダウンメニューでは、20 または 17 分割 (**Segments [セグメント]**)、3 分割 (**Vessels [血管領域]**) または 5 分割 (**Walls [壁領域]**) のオーバーレイを選択して、すべての極座標マップと壁面画像に重ねることができます。極座標では、オーバーレイに関連付けられている値が、オーバーレイの各セグメントや領域で測定されたパラメータの値の平均値を示します。負荷時と安静時の灌流値はどちらも 100 に対して正規化されています。

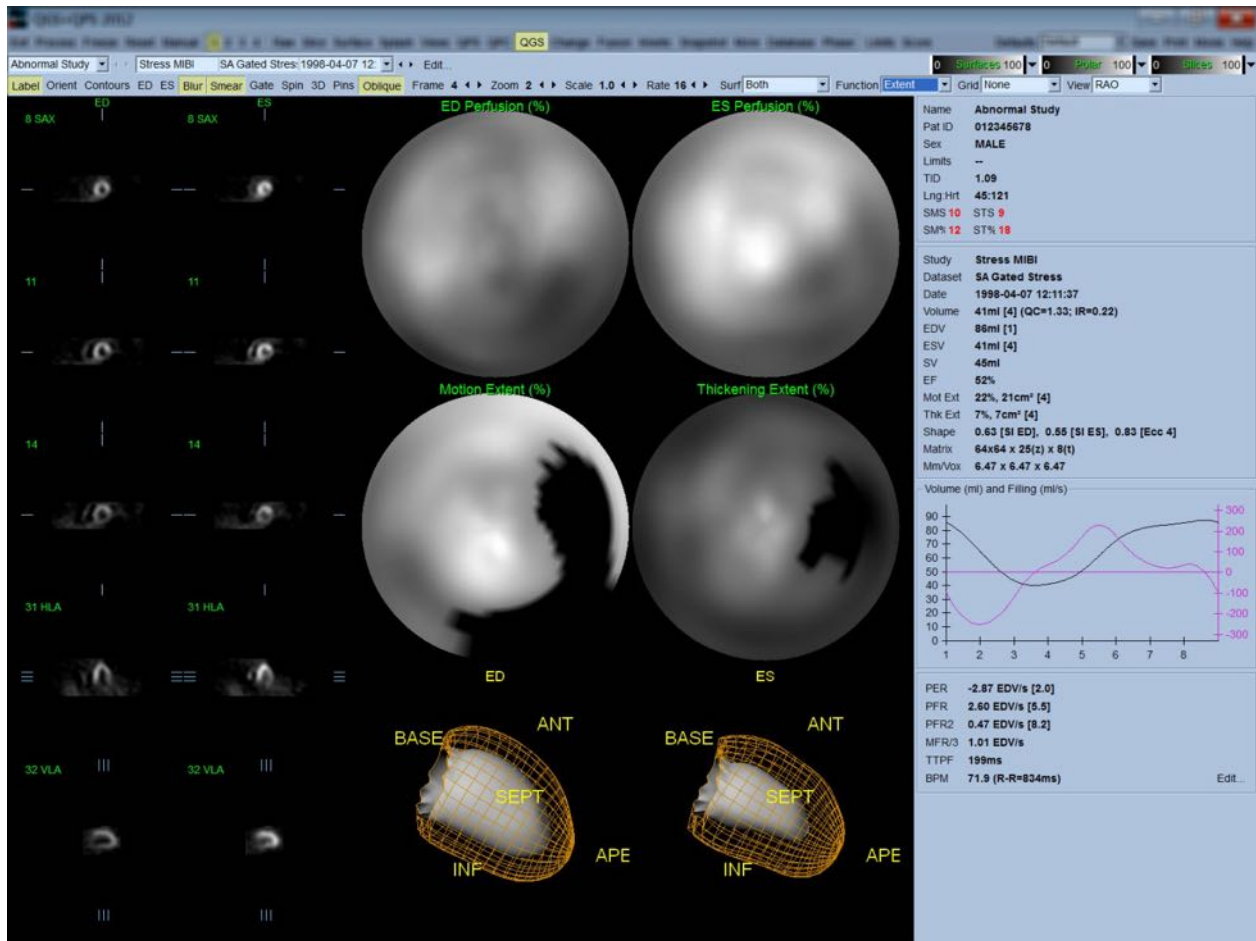
#### 4.12.2 Smart defect editor (スマート欠陥エディタ)

スマート欠陥エディタを使うと、異常範囲を示す極座標を手動編集できます。ユーザーは欠陥領域の追加、削除、変更ができます。手動編集は、欠陥領域、異常範囲、TPD (全灌流欠陥領域)、セグメントスコア図、合計スコアなどの数値的な結果にも影響します。欠陥エディタを使用するには、**QPS** ページで **Mask [マスク]** をクリックします。異常領域を正常領域にするには、左マウスボタンを押さえたまま、異常領域のピクセルの周りを囲む領域を描きます。同様に、正常領域を異常領域にするには、右マウスボタンを押さえたまま領域を描きます。



#### 4.13 全部をまとめる：QGSの結果ページ

**[QGS]** ボタンを押すと、下図のような **QGS Results [QGS の結果]** ページが表示され、その被検者の灌流 SPECT スタディに関するすべての情報が総合的に表示されます。QGS Results [QGS の結果] ページはシングルデータセットモードをサポートします (**[2]**、**[3]** および **[4]** の表示モードボタンは非アクティブです)。拡張末期と収縮末期の短軸スライスの代表的な例と複数の 3D 壁面が表示され、後者は **Gate [同期]** をクリックするとシネ表示されます。**Score [スコア]** ボタンをオフにすると、スコアボックスの代わりに時間-容積グラフ (黒線) と、それから派生した充満速度グラフが表示され、拡張パラメータはそれに基づいて計算されます。時間-容積グラフは同期エラーの存在を評価するために使用します。このページの画面をキャプチャするとき、**Contours [輪郭]** ボタンをオフにし、**Blur [スムーズ(動)]** と **Smear [スムーズ(画)]** ボタンをオンにして、**Function [機能]** プルダウンメニューから **Extent [異常範囲]** オプションを選択すると、依頼医師に送るのに適した画面を作成できます。



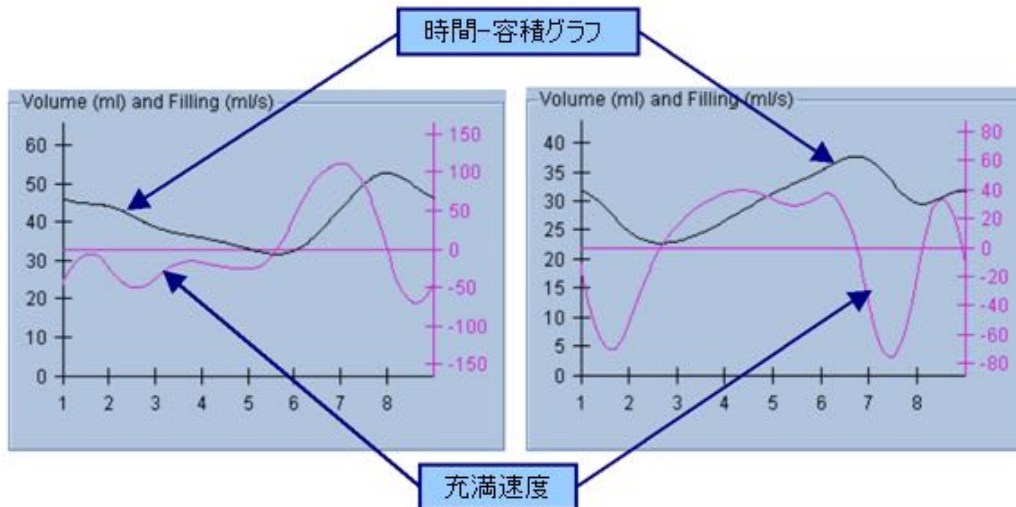
#### 4.13.1 時間-容積グラフを評価する

8フレームの心電同期収集では、有効な時間-容積グラフの最小値(収縮末期)はフレーム3または4に、最大値(拡張末期)はフレーム1または8に出現します。16フレームの心電同期収集では、最小値(収縮末期)はフレーム7または8に、最大値(拡張末期)はフレーム1または16に出現します。この期待される動作から大きくずれている場合、心電同期が不成功であったと想定してスタディーをやり直すのが懸命です。下に無効の時間-容積グラフの例を2つ示します。

充満速度グラフは時間-容積グラフの一次導関数なので、時間-容積グラフのエラー(同期エラー)は充満速度グラフにも反映されます。



**参考情報:** 時間-容積グラフでは、フレーム1の値は、8フレームの場合はフレーム8の値、16フレームの場合はフレーム16の値からの続きであることを注意してください。



### 4.13.2 極座標マップを評価する

QGSの結果ページは2つの灌流極座標マップ(拡張末期と収縮末期での)と2つの機能極座標マップ(局所の壁運動と壁厚変更)を提供します。**Function [機能]**プルダウンメニューには、**Raw [生]**、**Severity [重症度]**、および**Extent [異常範囲]**のオプションがあり、いずれも極座標マップのみに適用されます。ただし、壁運動と壁厚変化の正常値範囲が存在しない場合、**Raw [生]**しか意味のある結果を出しません。**Grid [グリッド]**プルダウンメニューでは、20または17分割(**Segments [セグメント]**)、3分割(**Vessels [血管領域]**)または4分割(**Walls [壁領域]**)のオーバーレイを選択して、すべての極座標マップに重ねることができます。どの場合でも、オーバーレイに関連付けられている値は、オーバーレイの各セグメントや領域で測定されたパラメータの値の平均値を示します。

心臓内壁の動きの壁運動極座標マップへのマッピングは0 mm ~ 10 mmの間では線形モデルに従います。10 mmを超える運動は10 mmであるとみなされ(つまり目盛りは10 mmで飽和する)、0 mm未満の運動(奇異性壁運動)は0 mmとみなされます。同様に壁厚変化の極座標マップでは100%以上はすべて100%とみなされ、0%以下(奇異性壁厚減少)はすべて0%とみなされます。絶対値(mm単位)を使用する壁運動のマップと違い、壁厚変化のマップは相対値(拡張末期から収縮末期への壁厚の増加)を使用します。



**注意:** 灌流極座標マップを見れば灌流欠陥の存在は目視でかなり良く評価できますが、壁運動マップと壁厚変化マップについてはそれは当てはまりません。実際、健常者でも、隔壁は側壁より動きが小さい(壁運動マップに「暗い」領域ができる)、心尖部は心基部より壁厚増加が大きい(壁厚変化マップが「目玉焼き」のように見える)のが普通です。機能極座標マップでは**Function [機能]**プルダウンメニューから**Extent [異常範囲]**オプションを選択して、異常領域を黒塗りにして評価するのが最良の方法です。

### 4.13.3 ピクセル(ボクセル) サイズ

面積と容積の測定は画像ヘッダに記載されるピクセルサイズが正確でないと正しく機能しません。これは普通は容積の比率から計算される LVEF (左心室駆出率) では問題ではありません。同様に、灌流欠陥の絶対面積の測定値は、画像にピクセルサイズが正しく記載されていないと問題が発生します (左心室に対するパーセントとして計算される欠陥領域は問題ありません)。最近のカメラでは、ピクセルサイズは有効視野と拡大率の情報から自動的に計算されます。しかし、古いカメラや「ハイブリッド」システム (カメラのメーカーとそれが接続されているコンピュータのメーカーが異なる場合) では、ピクセルサイズの情報にガントリから伝達されるように設定されていない場合や、「標準」サイズ (たとえば 1 cm) をデフォルトとして採用している場合があります。そのような場合、既知のパターン (たとえば、特定の間隔で並べた 2 つの線状線源) を撮影して、再構成したトランスアキシシャル画像における 2 つの線の重心間のピクセル数を数えて、補正係数を手動で計算する必要があります。画像ヘッダの主要部分 (ピクセルまたはボクセルの寸法を含む) は [More \[詳細\]](#) ページを選択すると表示されます。



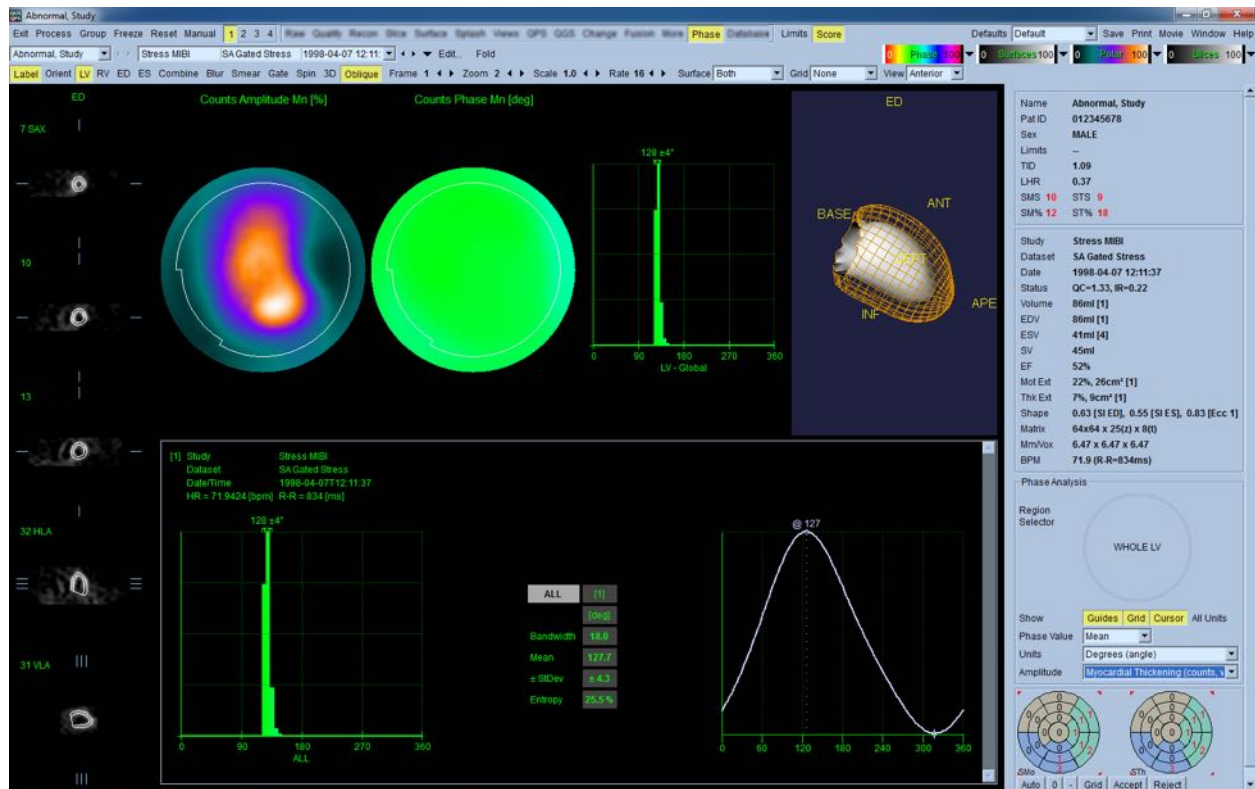
**注意:** [More \[詳細\]](#) ページに整数 (0 と 1 が最も頻繁) で記載されているピクセルサイズには特に注意してください。データ転送問題を示している場合がよくあります。

### 4.14 位相分析

心電同期スタディで全体と局所の位相情報を表示するには、[Phase \[位相\]](#) ページボタンをクリックします。[Grid \[グリッド\]](#) ツールバーの設定が [None \[なし\]](#) に設定されていると全体の統計が表示されます。グリッドに [Vessels \[血管領域\]](#) (下図を参照) などが選択されている場合、各領域に対する統計が表示されます。[Combine \[統合\]](#) ツールバーボタンで極座標マップやパラメトリック曲面画像で位相と振幅を別々に表示するか統合して表示するかを切り替えることができます。情報ボックス (画面右側) にある追加のコントロールは表示オプションの制御用で、リアルタイムのグラフカーソルや表示単位の選択に使用し、極座標マップのボタンは局所表示で特定の領域のみを表示するために使用します。2 データセットモードでは、時間-カウント数グラフはもう一つのヒストグラムを表示する場所を確保するために非表示になっています。3 または 4 データセットモードでは、局所表示はすべて非表示になります。詳細については、リファレンス マニュアル を参照してください。

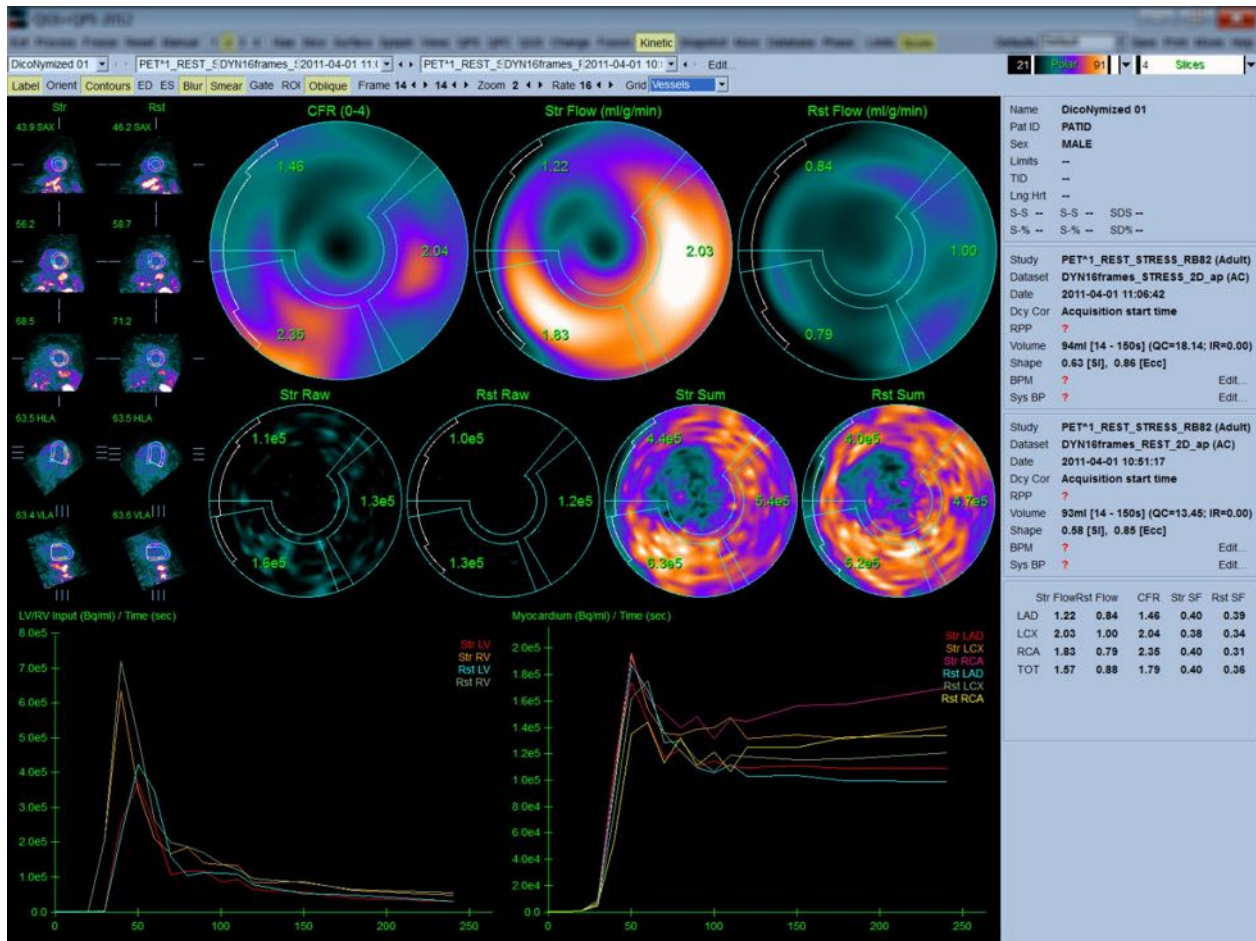


**参考情報:** バージョン 2015 では位相分析アルゴリズムが変更されました。これは、拡張期と収縮期との間の弁平面の動きが原因となっていて、実際の心筋壁厚変化に対応しない心基部カウントの変動を除去するために行われました。



#### 4.15 動態分析 - 冠動脈の血流予備能

動的 PET 及び SPECT スタディの動態分析機能によって、心筋内の負荷時と安静時の絶対血流を定量化できます。これには PET Rb と NH3 及び SPECT Tc99m ベースのトレーサー用に特別に開発されたアルゴリズムが使用されます。これは冠動脈の血流予備能 (CFR: coronary flow reserve) の絶対値を非侵襲的に測定する方法も提供します。Rb-82 用の動態モデルは 1 組織コンパートメント・モデル (Lortie et al., EJNM 34:1765-1774, 2007) です。Nitrogen-13 アンモニア用の動態モデルには簡易 2 組織コンパートメント・モデル (Choi et al., JNM 34(3):488-497, 1993) が使用されています。Tc-99m SPECT 画像用の動態モデリングには、1 組織コンパートメント・モデルが使用されています (Leppo et al., Circ Res. 1989;65:632-639)。



#### 4.15.1 動態ページの要件

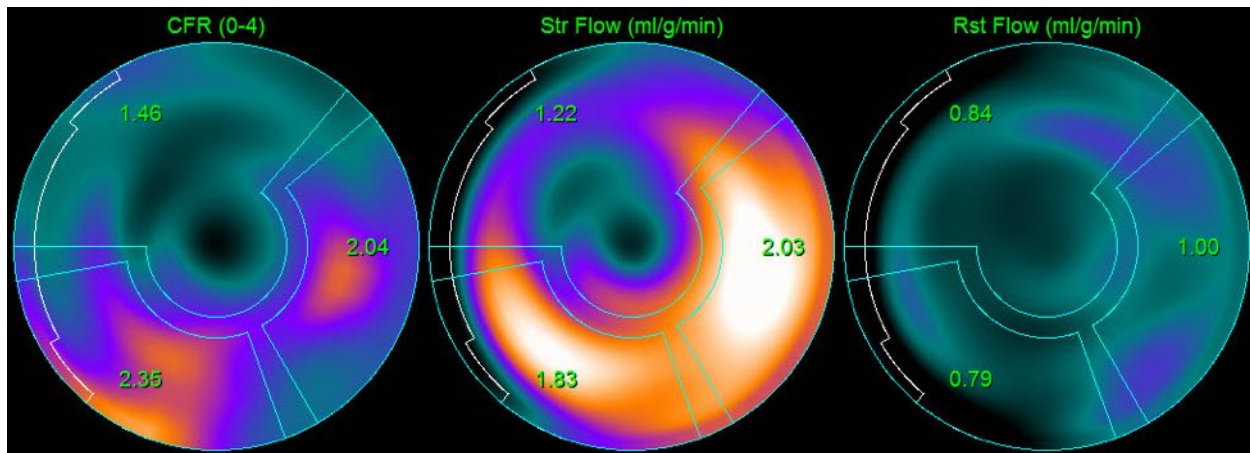
動態分析機能には、最低 1 つのトランスバース動的心臓 PET または SPECT データセットが必要です。CFR の結果を見るには、負荷時と安静時の動的心臓 PET データセットをトランスバース形式で用意する必要があります。動態分析は任意のフレーム数で機能するように設計されていますが、臨床現場では 16 ~ 26 フレームが最もよく使用されます。

#### 4.15.2 動態ページの表示内容

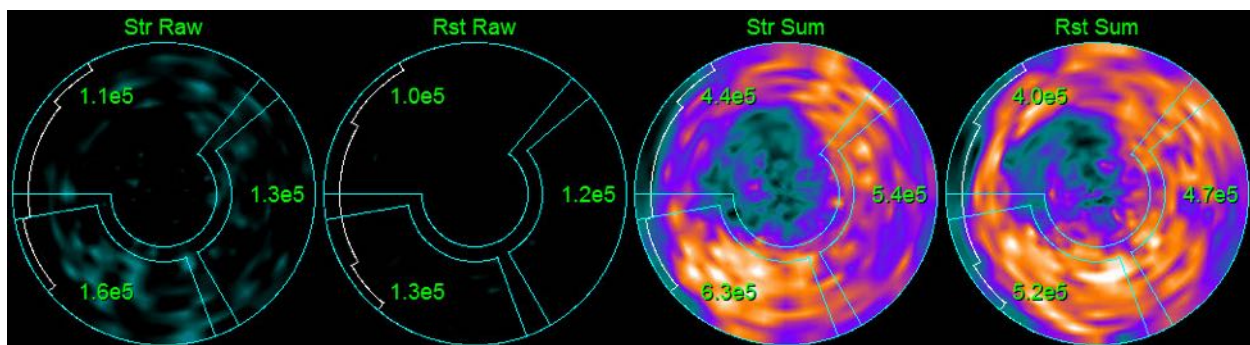
動態ページには極座標マップ、時間/カウント数グラフ、およびスコア表の形式で数値的な結果が表示されます。

- 極座標マップ-動態ページには 2 行にわたって極座標マップが表示されます。
  - 上の行の極座標マップは、読み込まれているデータセットの負荷時と安静時の心筋内絶対血流量 (ml/g/分) を示します。安静時と負荷時の動的血流データセットが読み込まれている場合は、さらに冠動脈血流量を示す CFR 極座標マップが表示されます。極座標マップは **Grid [グリッド]** プルダウンメニューから血管領域、壁領域、またはセグメントを選択してセグメント化できます。ユーザー定義の各セグメントの値は、そのセグメントの極座標マップのピクセル数で平均したものです

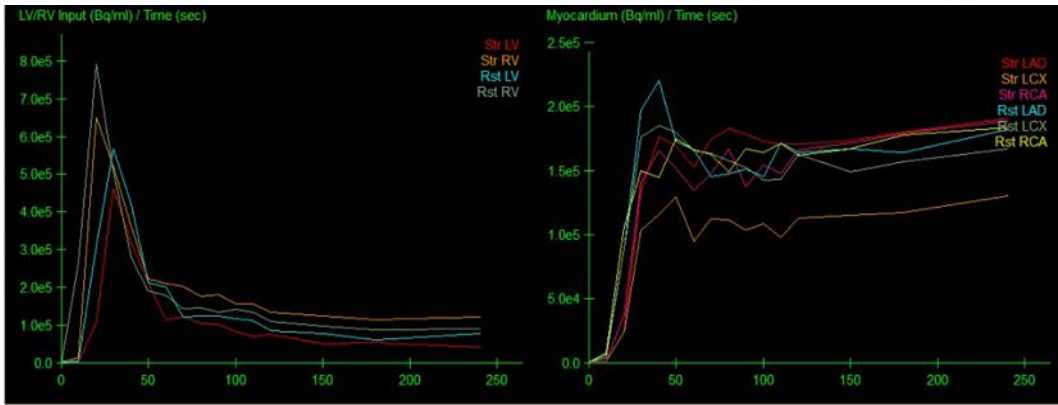




- 2 行目に表示される極座標マップは、心筋内のトレーサーの放射性アクティビティを (Bq/ml)/時間(秒) 単位で示します。負荷時と安静時の血流データセットが読み込まれている場合は、この領域には最大 4 つの極座標マップが表示されます。2 つの極座標マップはすべてのフレームの情報を加算した合計データを表示し、残りの 2 つの極座標マップは特定フレームのデータを表示します。



- 時間/カウント数グラフ-時間/カウント数グラフには放射性トレーサーのアクティビティが表示されます。左側のグラフは左心室と右心室の心プール内の値、右側のグラフは心筋内の値です。Grid [グリッド] の設定が Vessels [血管領域] の場合、心筋のグラフには 3 つの主要な冠動脈 (LAD、LCX、RCA) のグラフも表示されます。時間/カウント数グラフは放射性トレーサーのアクティビティの絶対値を表し、単位は [Bq/ml]/時間[秒]、つまり単位時間あたりに検出されたミリリットルあたりのベクレル数です。



- **結果 (スコア)**-画面右下には心筋領域ごとの絶対流量、CFR (冠血流予備)、および SF (Spillover Fraction: 混入率) が表示されます。SF (混入率) は、負荷時と安静時に、放射性トレーサーが血液プール領域から心筋 (セグメントや輪郭線で定義された) に漏れた割合です。SF (混入率) の値は臨床でデータセットの技術的な質を評価するときの手掛かりになります。SF 値 (混入率) が  $\geq 60\%$  (0.60) だと品質不良とみなされます。

|     | Str Flow | Rst Flow | CFR  | Str SF | Rst SF |
|-----|----------|----------|------|--------|--------|
| LAD | 1.11     | 1.07     | 1.08 | 0.30   | 0.30   |
| LCX | 1.28     | 1.02     | 1.30 | 0.30   | 0.29   |
| RCA | 1.20     | 0.72     | 1.70 | 0.30   | 0.29   |
| TOT | 1.18     | 1.00     | 1.25 | 0.30   | 0.30   |

#### 4.15.3 新しい動態ページ機能

心臓検査スイート 2017.23 (および新しいバージョン) は、残存アクティビティ補正、自動体動補正、および血流モデル設定の追加機能を含みます。追加詳細についてはリファレンスマニュアルをご覧ください。

**i**

**参考情報: 残存アクティビティ補正:** 補正済みと非補正済みの両方の曲線进行评估する必要があります。非補正済みと補正済み曲線を同時に表示し、サブトラクションが適正であるか評価するためには RAC なしトグルを使います。

**i**

**参考情報: 体動補正:** 両方のデータセット (負荷時と安静時) の各フレームを、自動体動補正後でも、患者の体動について確認する必要があります。このステップは、左心室の輪郭線の品質検証と同等に重要です。輪郭線に関して心筋の位置 (画像の最後のフレームから計算される) が不十分である場合、可能限り最良の結果を達成するために、手動補正を使います。

# i

**参考情報: 血流モデル設定:** モデルの種類またはモデルのパラメータの修正は、血流値の結果を変えます。そのような修正は、以下の理由でのみ行ってください。

- 適切な専門学会のガイダンス/ガイドライン文書で公表された最善の方法に従うため。
- 調査、非臨床現場における研究目的のため。
- Cedars-Sinai 臨床サポート職員によって指示されたため。

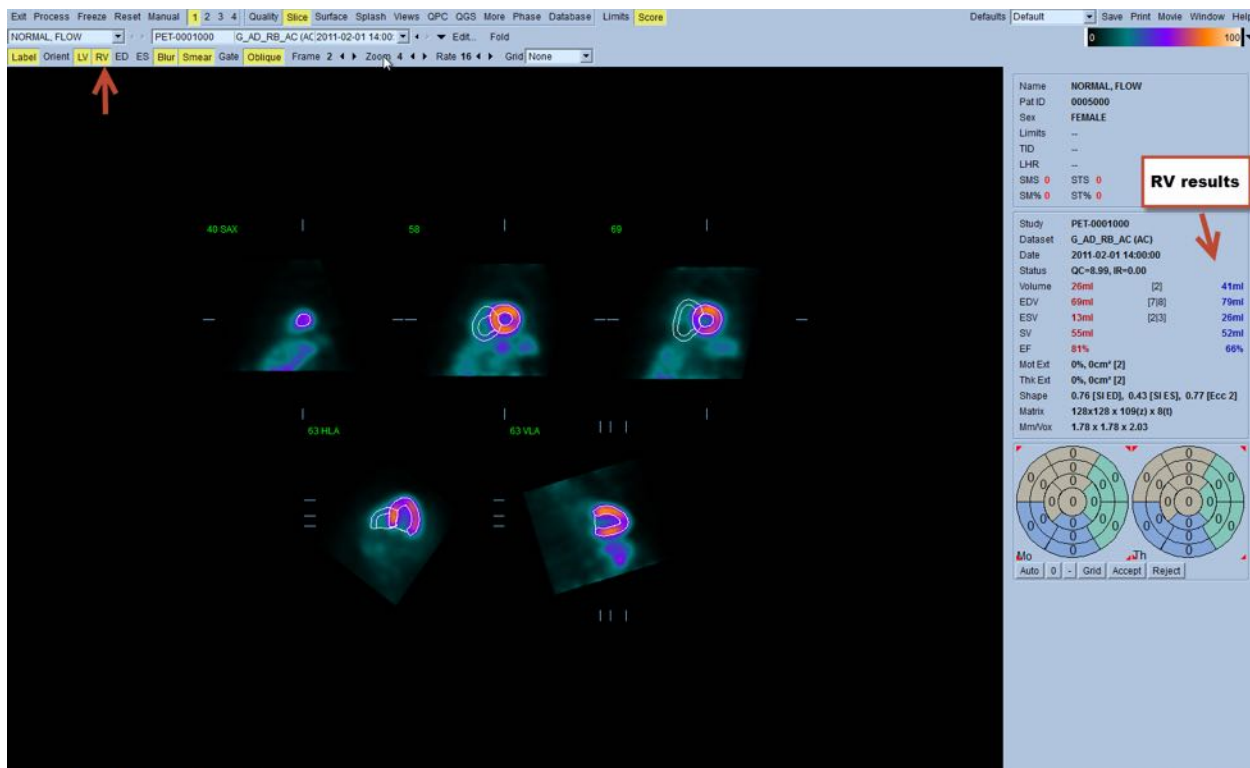
動態モデルに関する追加情報については、適切な査読付きの出版物を参照します。

この機能は、デフォルトで無効になっており、有効にするにはパスワードが必要です。詳細情報については [support@csaim.com](mailto:support@csaim.com) に連絡し、メッセージ内の「**flow model configuration password request** (血流モデル設定パスワードの要求)」を参照してください。

## 4.16 右心室 (RV) の定量化

サポートされている心電図同期データセットに対して右心室の自動定量化と分析ができるようになりました。

**RV [右室]** をオンにして、**Process [処理]** をクリックすると、右心室の輪郭と数値的な結果が表示されます。



## 4.17 カルシウムスコア

カルシウムページは、冠動脈へのカルシウム沈着の定量化と評価に使われます。診断品質の非造影 CT データセットが、カルシウムページには必要です。このページは、スキャン中のカルシウム病巣識別のツールを提供します。冠動脈 (LM、LAD、LCX、又は RCA) の一つに割り当てられた病巣のみが、総冠動脈カル

シウム Agatston スコアの計算に使われます。カルシウムページの追加詳細は、QGS+QPS リフェレンスガイドで説明されています。

Calcium Scoring

| Location            | Lesion Count | Volume [mm <sup>3</sup> ] | Score        |
|---------------------|--------------|---------------------------|--------------|
| [1] LM              | 1            | 90.10                     | 120.1        |
| [2] LAD             | 1            | 4.40                      | 2.9          |
| [3] LAD             | 3            | 71.79                     | 83.3         |
| [4] RCA             | 2            | 13.92                     | 11.5         |
| <b>Total</b>        | <b>7</b>     | <b>180.20</b>             | <b>217.8</b> |
| [5] Asc Aorta       | —            | —                         | —            |
| [6] Desc Aorta      | —            | —                         | —            |
| [7] Aortic Arch     | —            | —                         | —            |
| <b>Aortic Total</b> | —            | —                         | —            |
| [8] Mitral V        | —            | —                         | —            |
| [9] Aortic v        | —            | —                         | —            |
| [0] Erase           | —            | —                         | —            |

Calcium Score Percentile and Risk

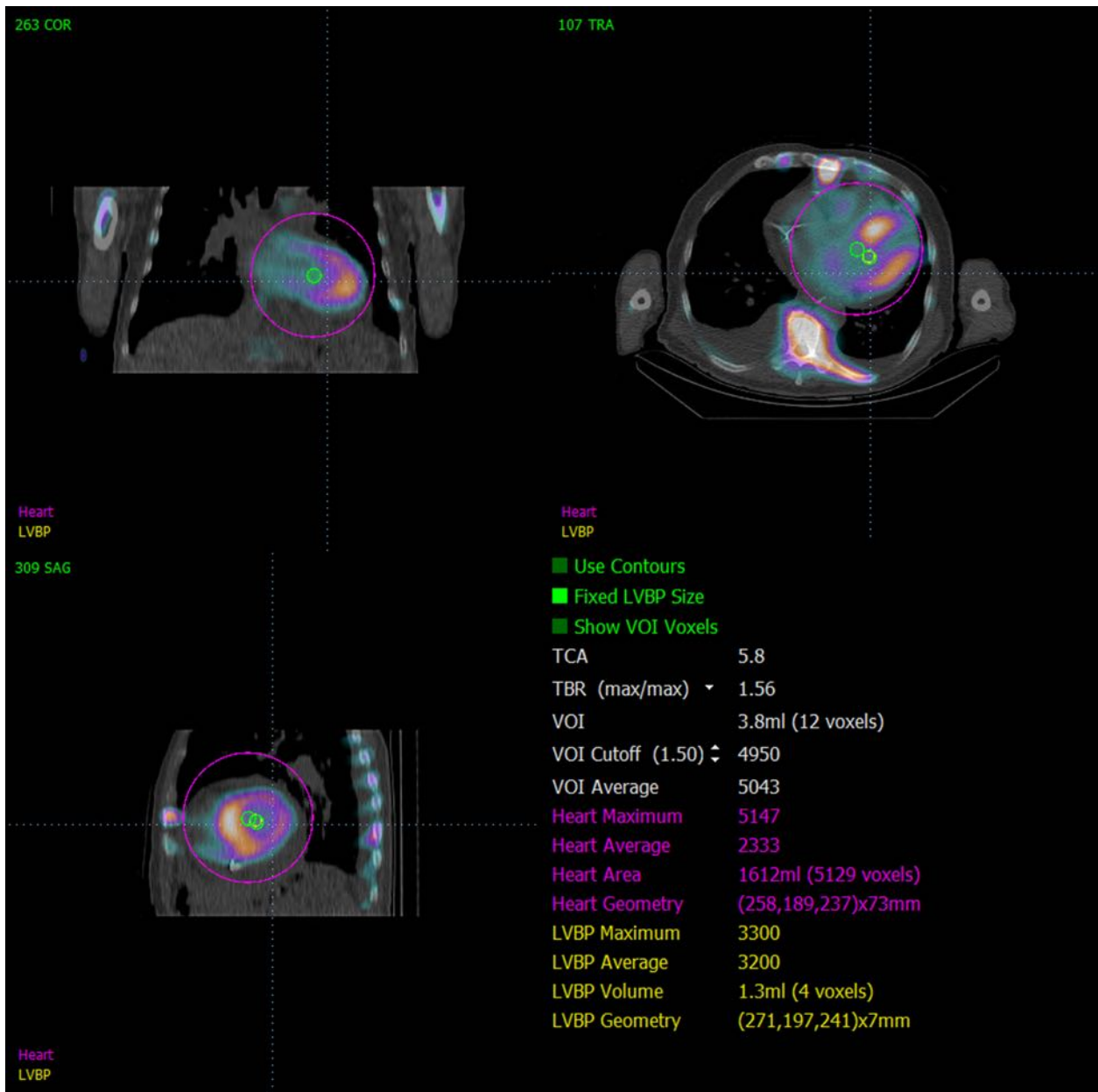
Patient race: Not Set

The following must be corrected to obtain percentile and risk information:

- Patient race must be set.

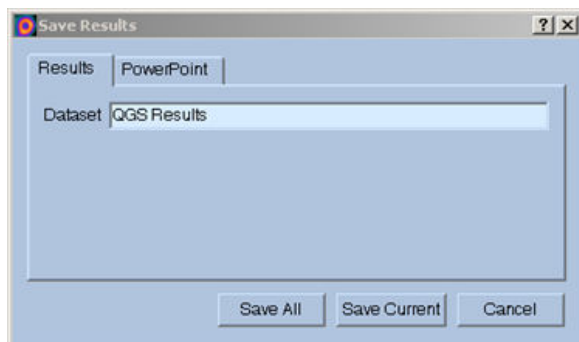
#### 4.18 取り込み分析

バージョン 2017.24 から、Raw および Fusion ページは、両方共に新しい測定モードを取得し、ROI 比率などの定量的測定値分析によって評価され得るアミロイドーシス、サルコイドーシス、または他の病状を有する患者の評価を支援する。トレーサー取り込みの詳細情報は QGS+QPS / QPET 参照ガイドの中に記載している。



## 4.19 結果を保存する

上記の手順の概要で説明した処理と評価が完了したら、その結果を合成結果ファイルに保存できます。メインツールバーで **Save [保存]** をクリックして **Save Results [結果を保存]** ダイアログを開きます。



結果フィルタの保存では、**Results [結果]** と **PowerPoint** の 2 つが主な選択肢です。デフォルトの **Results [結果]** タブを選択すると、処理済みの結果を被検者スタディ内に単一のファイルとして保存できます。

**PowerPoint** タブを選択すると、PowerPoint プレゼンテーションから簡単に直接ケーススタディを起動できる形式で結果とアプリケーションの設定情報を保存できます。PowerPoint 保存機能はリファレンスガイドで説明されています。

次の操作がサポートされています。

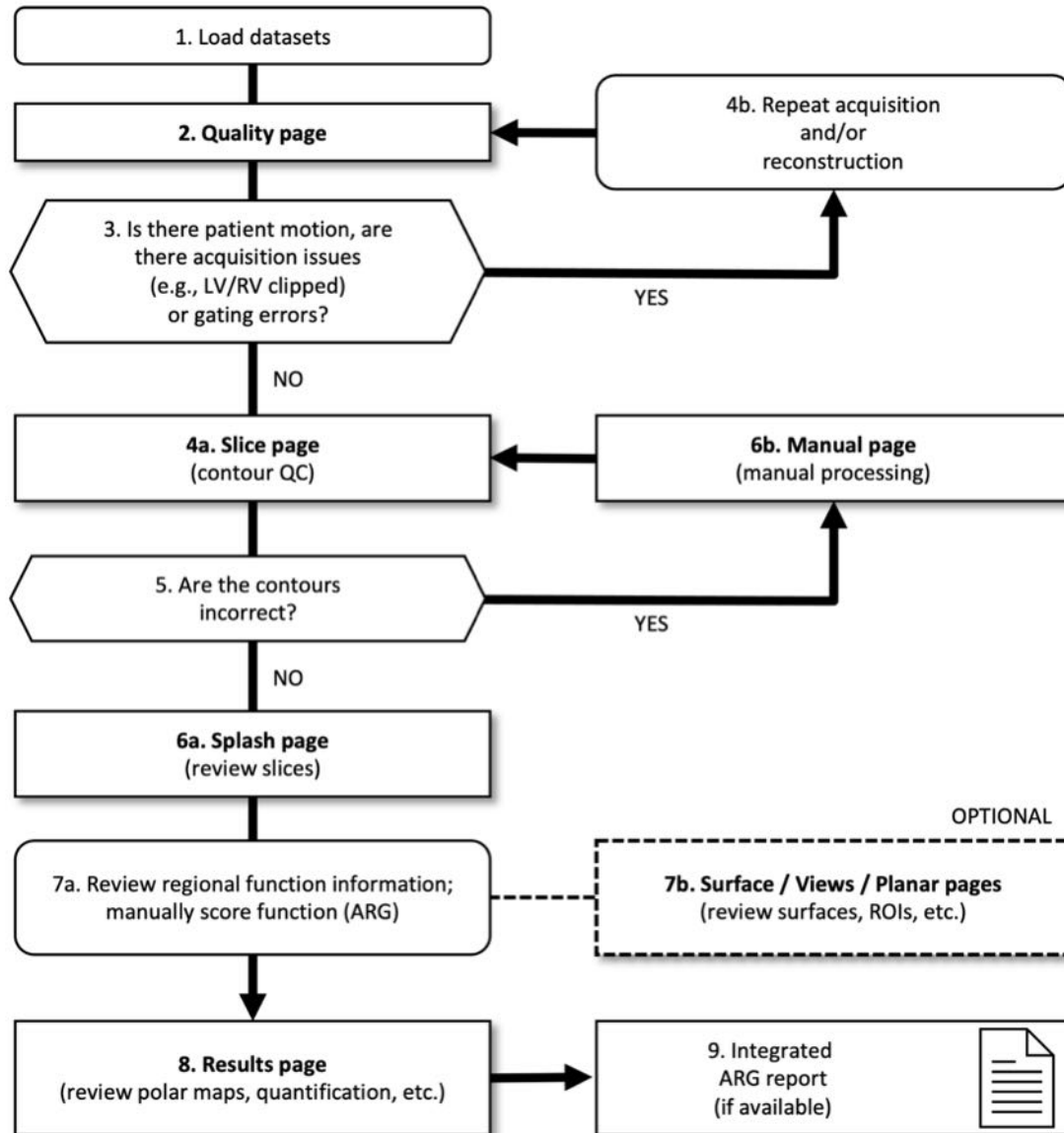
|                                  |   |
|----------------------------------|---|
| <b>Save All</b><br>[すべて保存]       | 選択されているすべてのスタディを保存します。  |
| <b>Save Current</b><br>[現データを保存] | 現在表示されているスタディの結果を保存します。   |
| <b>Cancel</b><br>[キャンセル]         | 保存しないでダイアログを閉じます。ダイアログを閉じるときは、ダイアログウィンドウの右上角にある [×] をクリックすることもできます。 |

## 4.20 終了

どのプログラムでも、終了するには **Exit [終了]** ボタンをクリックします。

## 5 QBS アプリケーション (Quantitative Blood Pool: 心プールの定量化)

ワークフローは意図的に画面に表示されている内容に左右されないようになっています。したがって、作業の順序はユーザーが任意に決定できます。以下は典型的なワークフローの例です。



### 凡例

1. データセットを読み込む
2. 品質ページ
3. 患者体動によるぶれ、収集の問題（左心室/右心室が不完全など）、または同期エラーがあるか。
- 4a. スライスページ（輪郭線 QC）

- 4b. 収集および／または再構築を繰り返す。
5. 輪郭線が正しいか。
- 6a. スプラッシュページ(負荷時／安静時スライスの確認)
- 6b. 手動ページ(手動処理)
- 7a. 局所機能情報を評価;手動スコア機能(ARG)
- 7b. 壁面／複数平面／プラナーページ(壁面、ROI などを評価)
8. 結果ページ(極座標マップ、定量化などを評価)
9. 統合 ARG 報告書(利用可能な場合)

OPTIONAL (オプション) = 推奨されるが必須ではない。

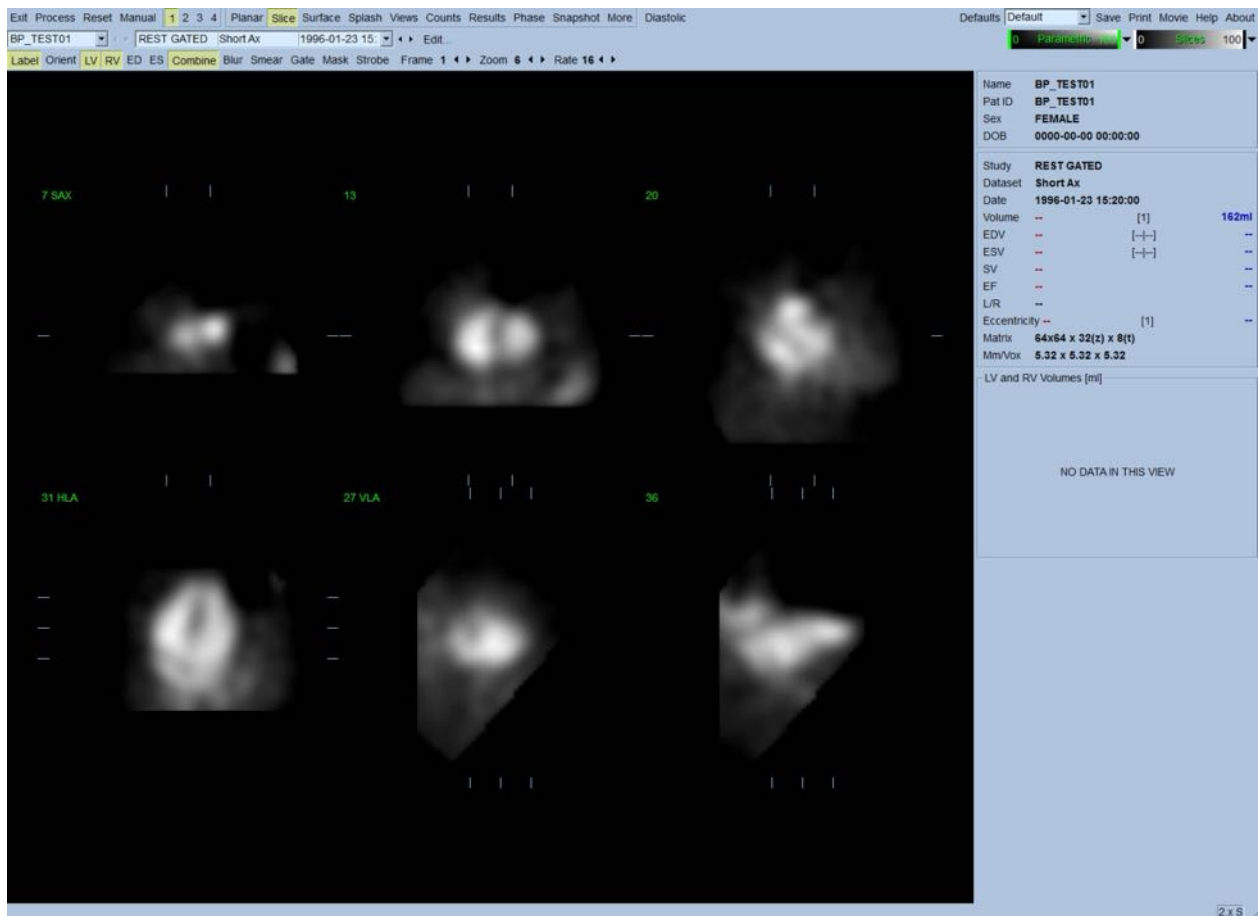


**参考情報:** QBS では短軸心プールデータセットのみを使って、左心室機能と右心室機能の全体的および局所的なパラメータの数値化ができます。

## 5.1 QBS の起動

QBS を標準構成で起動すると、下図のようなメインの画面が開き、**Slice [スライス]** ページボタンと **Label [ラベル] ボタン**、**LV [左室]** と **RV [右室]** ボタンがハイライトされています。代表的なスライスが表示され、各スライスの左上にある数字は短軸データセット内での順番を示しています。**Label [ラベル]** ボタンを左クリックするとスライスの番号と基準線をオンオフできます。





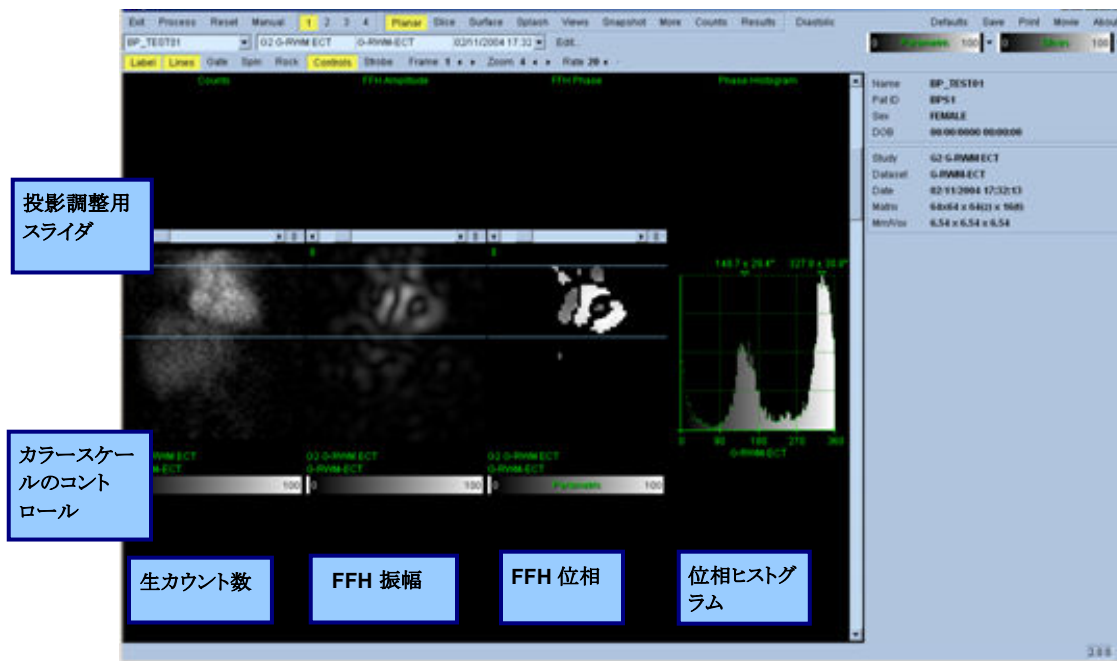
フォルダ名 (通常は被検者名) とデータセットの記述はカラースケールが表示されている水平バーのセクションに表示されます。強い心臓外放射線活動が存在する場合は、**Slices [スライス]** カラースケール内で縦の黒線を左クリックしてスケールの右端にドラッグすると、スケールが「飽和」して心臓が見えるようになります。**Slice [スライス]** ページでは、FFH 位相画像が表示されている場合にのみ **Parametric [パラメトリック]** カラースケールが表示されます。

## 5.2 回転する投影画像を評価する

**Planar [プラナー]** ページボタンをクリックすると、下図のようなプラナーページが表示されます。プラナーページには生カウント数投影領域、FFH 振幅領域、FFH 位相領域、位相ヒストグラム領域の 4 つの表示領域があります (FFH = First Fourier Harmonic: フーリエ第一高周波)。

データを処理する前に、必ず生の投影データをシネ形式で表示して被検者の体動を評価するのが懸命です。**Lines [基準線]** ボタンをクリックすると 2 本の横線が表示されますが、これは下図に見られるように左心室をきつく挟むように手で調整します。**Controls [コントロール]** ボタンをクリックすると、**Counts [カウント数]**、**FFH Amplitude [FFH 振幅]** および **FFH Phase [FFH 位相]** の各表示領域にカラースケールと投影調整用のスライダが表示されます。投影データセットの連続回転シネ表示は **Spin [ループ]** ボタン (連続回転) をクリックして開始します。**Rock [往復]** ボタンをクリックすると (**Spin [ループ]** がオンのとき)、両方向の回転が交互に繰り返されます。シネの速度は **Rate [速度]** ラベルの右側の ◀ ▶ 記号をクリックして調整できます。心臓の見か

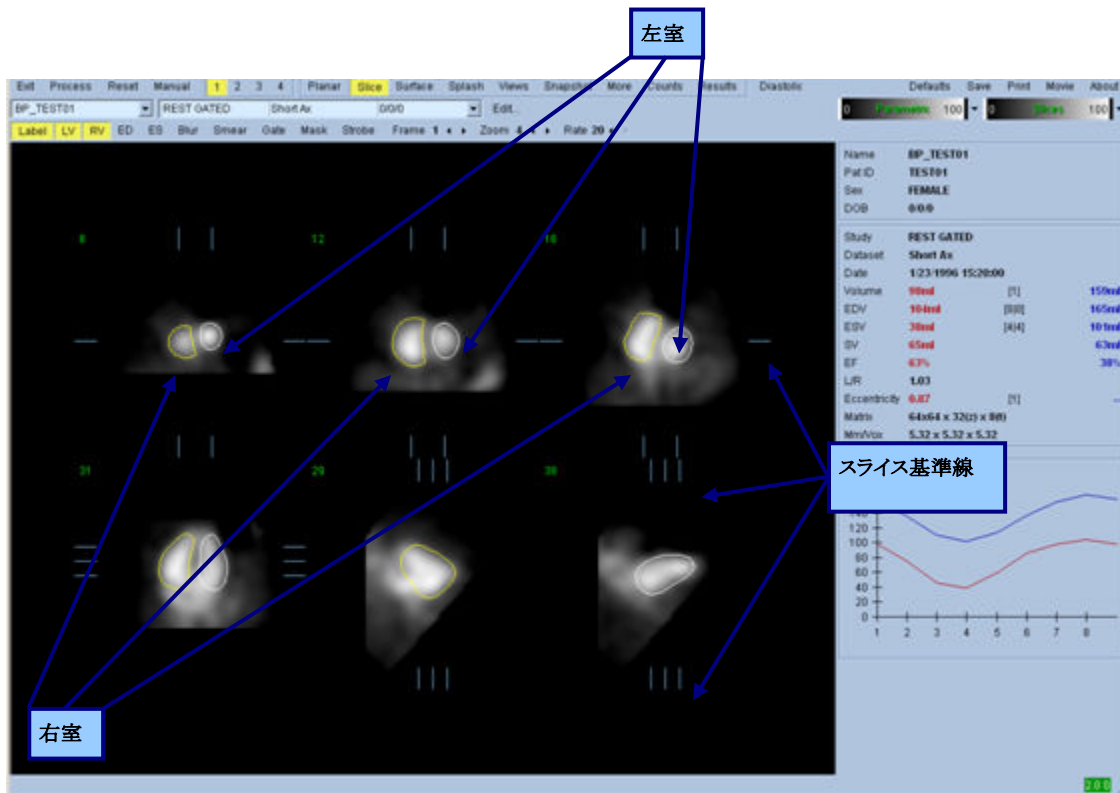
けの境界が基準線から突然離れたり近寄ったりように見える場合は、注意が必要です。大きな体動は QBS で測定される数値パラメータに影響する可能性があるため、そのような体動が検出されたときは同期収集をやり直すのが懸命です。



被検者または臓器の動きに加えて、フリッカー (近隣の投影画像間で明暗が突然変化する) は投影画像のシネを見て評価できます。フリッカーは同期エラーを示している場合がよくあり、結果ページに表示される時間-容積グラフにそれが反映されている可能性があります。

### 5.3 スライス画像の処理

**Slice [スライス]** ページボタンをクリックしてハイライトすると、QBS は **Slice [スライス]** ページに進みます。  
**Process [処理]** ボタンをクリックすると、そのデータに QBS アルゴリズムが自動的に適用されて、左心室と右心室のセグメント化が行われ、心臓内壁の 3D 壁面が計算されて、全体および局所の定量心臓パラメータが決定されます。3D 壁面と 2D スライス平面が交わる場所は輪郭線 (黄色 = 右室、白 = 左室) として代表的な 6 つのスライス (短軸画像の等間隔スライス、または LV [左室] と RV [右室] の長軸画像の心室中央のスライス) 上に表示されます。さらにこの時点で、画面右側の数値パラメータフィールドすべてに数値が入ります (下図を参照)。測定値については後ほど詳しく説明します。



## 5.4 QBS 輪郭線の点検

表示される 6 つのスライスのスライス場所は、上図に見られるように、対応するスライス基準線を直交ビューで見ながら移動することによって、対話形式で調整できますが、患者のスタディではほとんどのその必要はありません。

この時点で、左心室と右心室をなぞる輪郭線の正確さを目視点検します。このとき多くの場合、**LV [左室]** と **RV [右室]** の **Contour [輪郭]** ボタンをオンオフしたり、**Gate [同期]** ボタンを左クリックして画像の動画 (シネ) を設定したりしながら点検することになります。大きなずれは、ほとんどが心臓外放射線活動の存在によるものです。特に、**a) 心臓以外の組織を中心とする輪郭線、b) 近隣の放射性アクティビティに引き付けられて心室から離れる輪郭線**などが見られます。このような例は非常にまれであり、次のセクションで説明する **Manual [手動]** オプションを使って対処できます。

もう一つエラーとしてありうることは過度にぼけた短軸データです。データセットが再構成時に過剰にフィルタされると、アルゴリズムが左右の心室を正しく識別できなくなる可能性があります。左右の心室の輪郭線が交差したり、完全に間違っていたりする可能性があります。



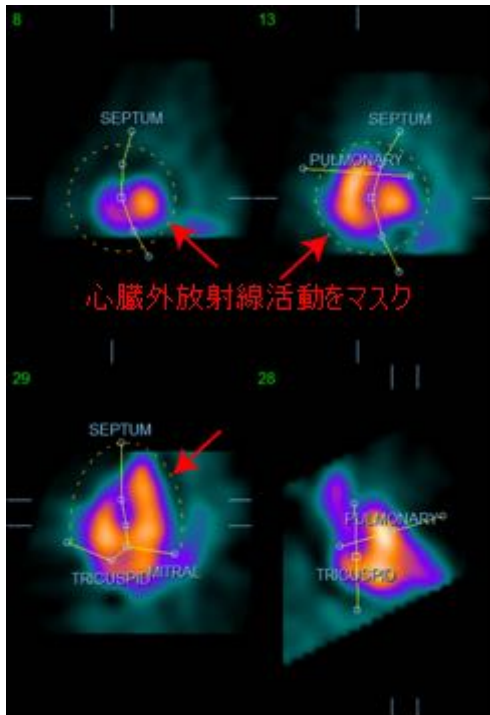
**参考情報:** アルゴリズムは心室と心房を正しく識別するために両者の間の位相の違いを必要とするので、この時点では、心電同期収集が行われた場合でも、静的なファントムから測定値を得ることはできません。

## 5.5 輪郭線の変更 (Manual [手動] ページ)

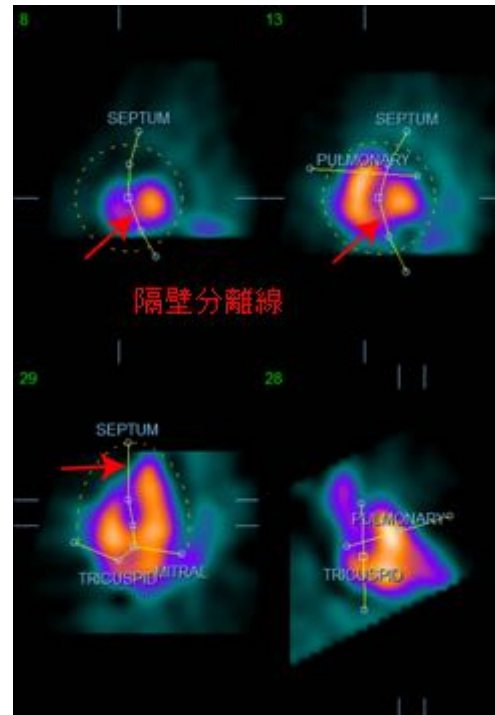
**Manual [手動]** ボタンをクリックすると、異なったバージョンの **Slice [スライス]** ページが表示され、4 つのスライスが **ED (拡張末期)** の位相の区間から、4 つのスライスが **ES (収縮末期)** 位相の区間から表示され、さらに、

マスク図形がスライスに重ねて表示されます。マスク図形の形状と位置はそのハンドル (マスク図形の要所要所に配置された小さな正方形と円) を左クリックしてドラッグすれば変更できます。

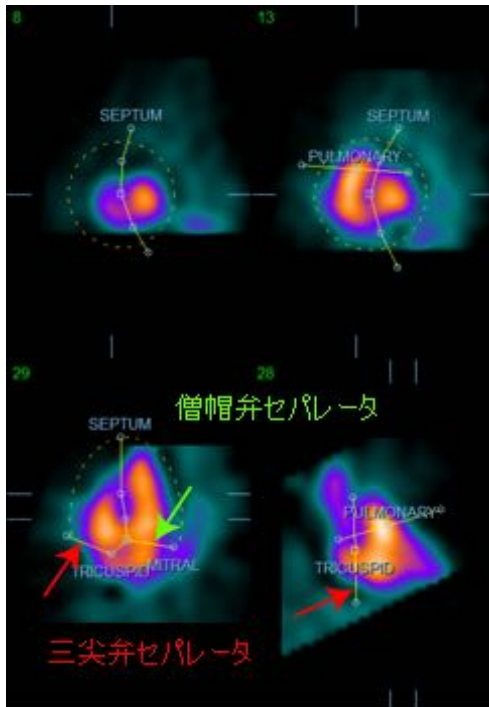
区間ごとに、2つの短軸スライス (心室中央と心尖)、心室中央の長軸スライス、右心室中央の長軸スライスが表示されます。マスクの要所要所に拘束が設定されているため、他のページに比べてスライスの選択が制限されます。マスク図形は次の目的で使用されます。



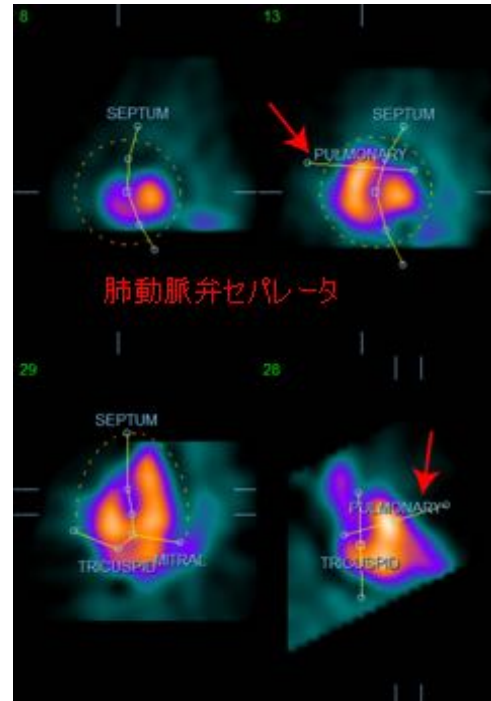
心臓外放射線活動をマスクする



左右の心室を分離する



心室と心房を分離する  
(三尖弁と僧帽弁のセパレータ)

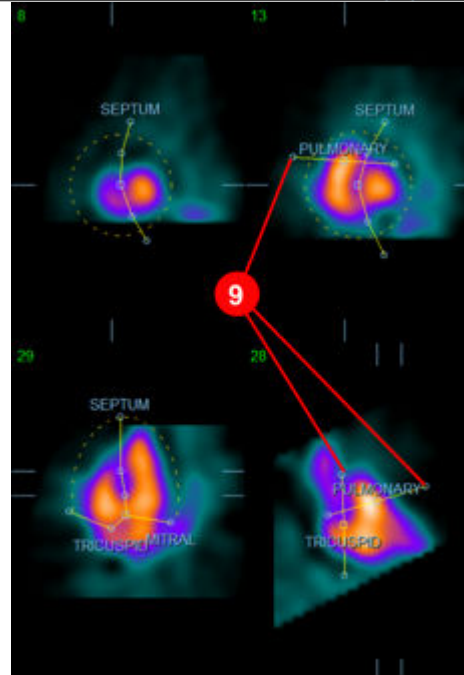
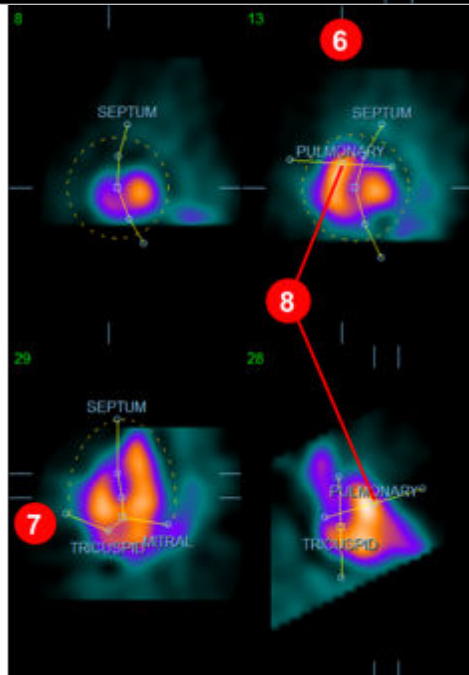
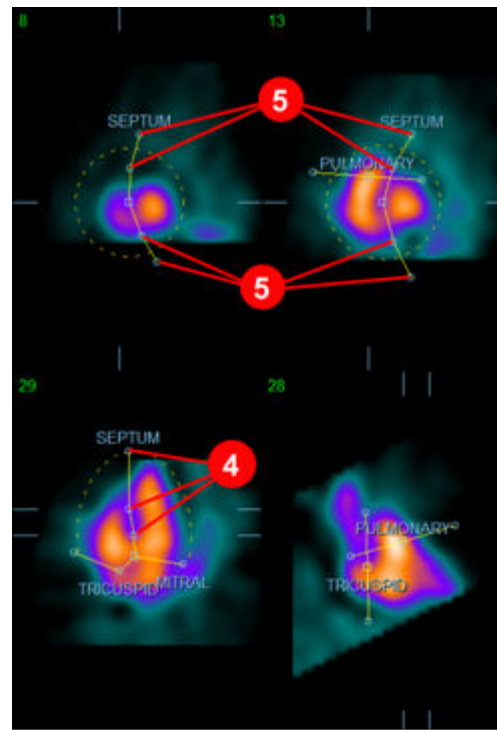
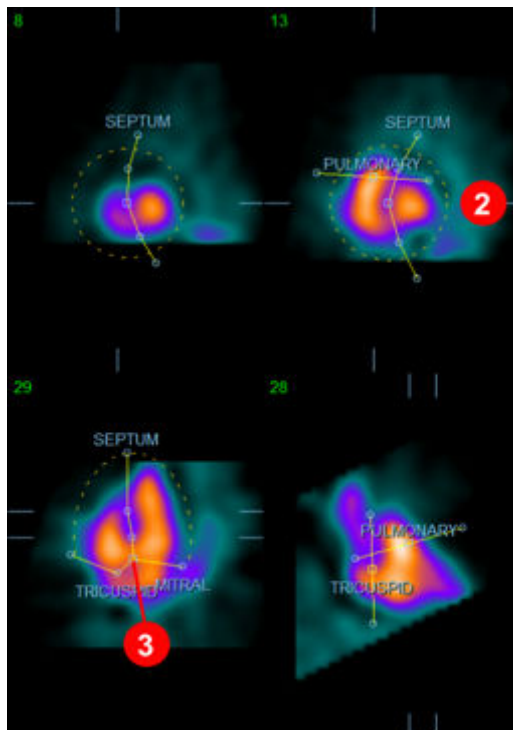


右心室と肺動脈の分離  
(肺動脈弁のセパレータ)

一般に、マスクの最適配置には次の順序に従います。

1. ED (拡張末期) 区間 (ページの左半分) から始める。
2. 心基部の短軸スライス内の HLA (水平長軸) を調整して、心室中央の水平長軸スライスを選択する。
3. 正方形のハンドルをドラッグして水平長軸スライス内のマスク全体を移動する。
4. 隔壁と僧帽弁の分離を水平長軸スライスの円形ハンドルで調整する (この処理によって別の SAX (短軸) スライスが選択される場合がありますが、短軸ビューと水平長軸ビューで隔壁がよく分離されるようにハンドルとスライスを配置することに集中してください。)
5. 短軸スライスで隔壁セパレータの円形ハンドルを調整する。
6. 心基部 SAX (短軸) スライスで VLA (垂直長軸) 基準線を調整して、mid-RV VLA (右心室中央の垂直長軸) スライスを選択する。これによって水平長軸ビューで三尖弁のハンドルが自動的に調整されます。
7. 垂直長軸ビューで三尖弁の第二のハンドルを調整して右心室と右心房を正しく分離する。
8. **RV Truncation [RV 切断]** がオンになっている場合は、肺動脈弁の正方形のハンドルを適切な位置に移動する。
9. 短軸スライスと垂直長軸スライスで円形ハンドルを使って肺動脈弁と三尖弁の向きを調整する。

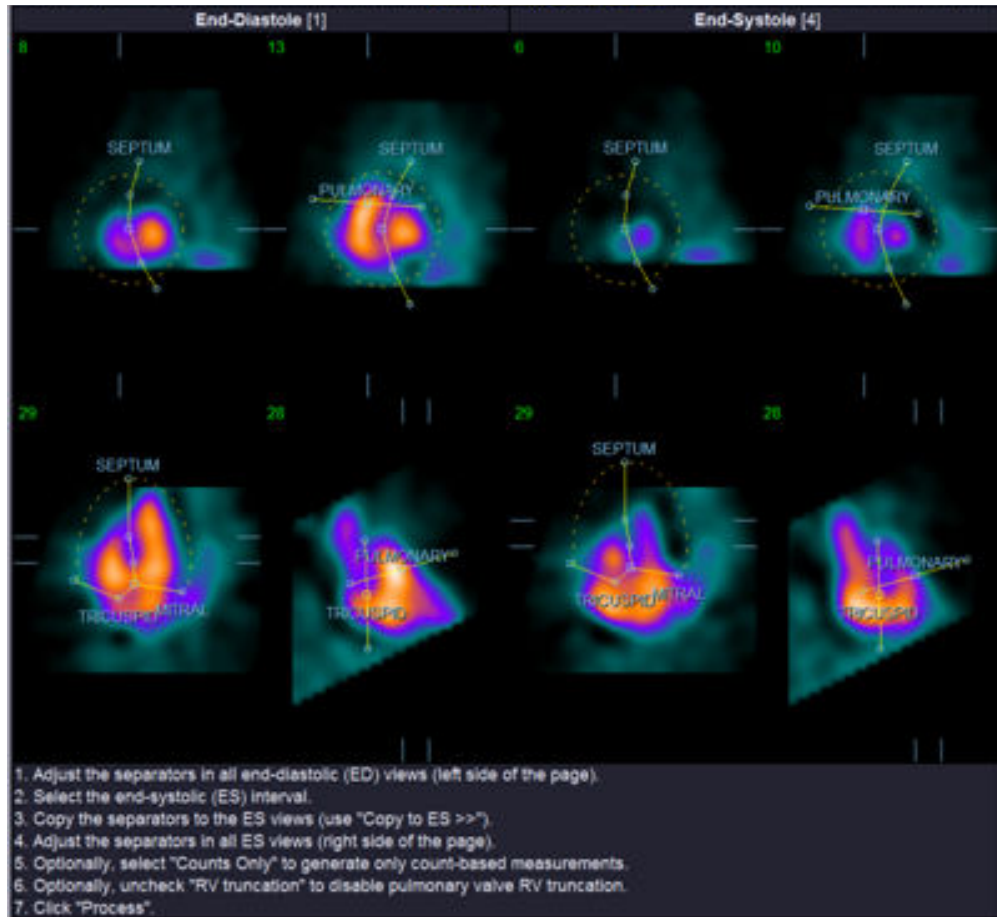
非線形カラーlookupアップテーブルの使用は、マスクセパレータの最適位置の決定に役立ちます (例の画像では Cool カラーマップが使用されています)。下図はマスク配置の手順を示します。



ED マスクを正しく配置した後、**Copy to ES >> [ES にコピー>>]** ボタンを使ってマスクの位置を ES 区間にコピーします。正しい ES 区間は手動で選択します。それには画像を見てどのフレームの心室が最も収縮しているかを判断します。プログラムは自動的に適切な区間の選択を試みますが、手動調整が必要な場合もあります。必要に応じて、マスクも ES 区間で調整して、**<< Copy to ED [ED にコピー]** ボタンを使って逆に ED 区間へコピーすることもできます (ES マスクが完全に ED マスクに取って代わります)。

マスクがコピーされ、区間が調整されたら、上の手順を ES 区間で繰り返します。

下図は ED と ES のマスクが配置された後の手動ページの表示領域を示します。



マスクが正しく配置されたら、**Process [処理]** をクリックしてマスク付きでデータを処理します。カウント数に基づく計算のみを行う場合は、**Counts Only [カウント数のみ]** を選択してから **Process [処理]** をクリックします。**Counts Only [カウント数のみ]** が選択されていると、壁面は生成されず、**Counts [カウント数]** ページには限られた情報しか表示されません。

**RV Truncation [RV 切断]** がオフの場合、RV 切断は行われません。必要に応じて、いつでも **Reset [リセット]** ボタンを使ってマスクを元の (データセットに依存しない) 設定に戻すことができます。ユーザーが行った変更はすべて破棄されます。

残りのページコントロール (**LV [左室]**、**RV [右室]**、**ED [拡張末期]**、**ES [収縮末期]**、**Blur [スムーズ(動)]**、**Smear [スムーズ(画)]**、**Gate [同期]**、**Mask [マスク]**、**Frame [フレーム]**、**Zoom [ズーム]**、**Rate [速度]**) の機能は **Slice [スライス]** ページと同じです。

## 5.6 スライスページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する

左心室機能と右心室機能の最初の視覚的な評価は **LV [左室]** ボタンと **RV [右室]** ボタンをオンオフしながら **Gate [同期]** ボタンを左クリックして 6 つのスライスをシネ表示することによって行います。シネの速度は **Rate [速度]** ラベルの右側の ◀ ▶ 記号をクリックして調整できます。**Blur [スムーズ(動)]** と **Smear [スムーズ(画)]**

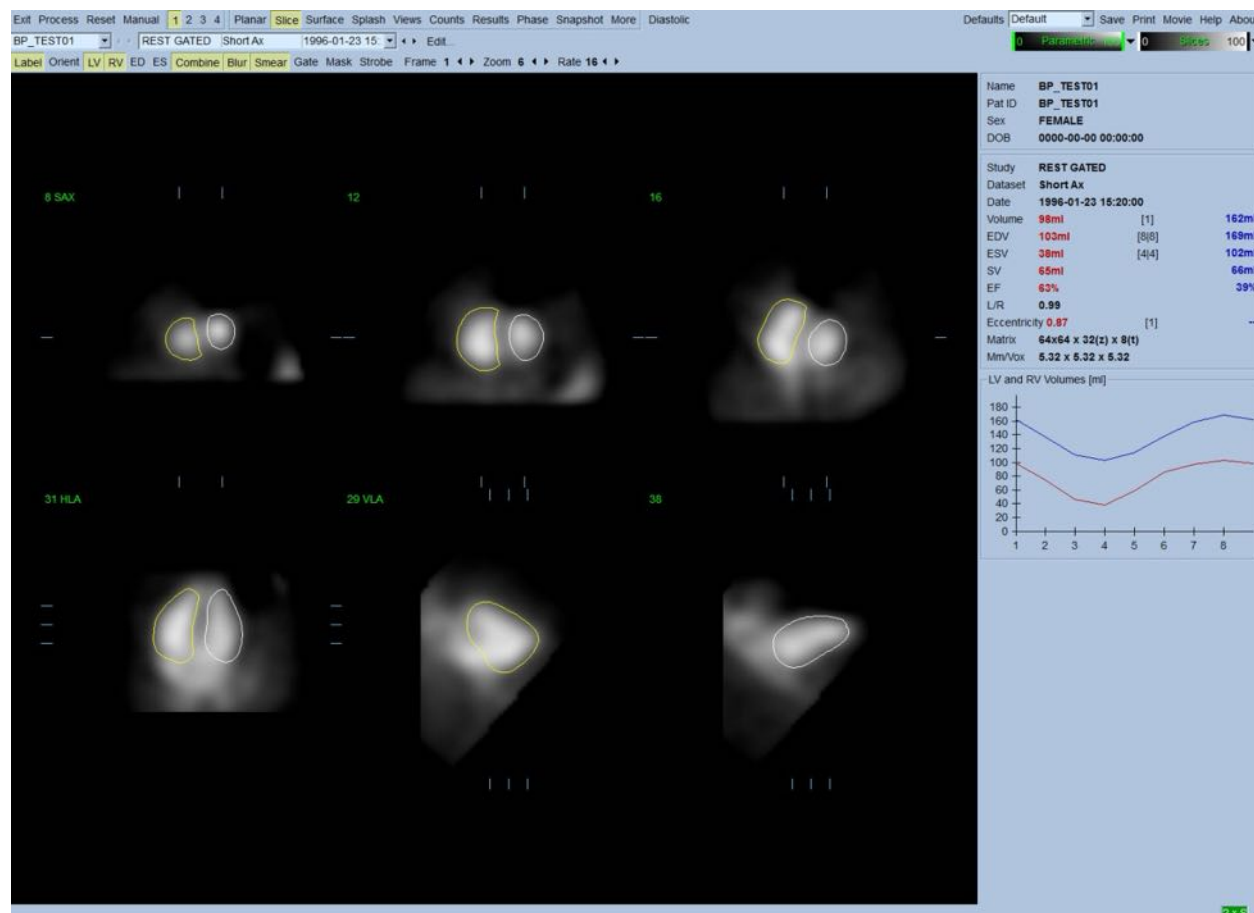
ボタンを左クリックすることによって、画像に時間的スムージングフィルタと空間的スムージングフィルタを適用できます。これは特に低カウント数画像の視覚的評価における統計的なノイズの削減に役立ちますが、数値的な結果には影響しません。下図は同期画像の評価用に設定された **Slice [スライス]** ページを示します。

**i**

参考情報: **Blur (スムーズ(動))** および **Smear (スムーズ(画))** 機能は、画像表示にのみ影響します。QBS アルゴリズムは、スムージングの設定に関係なく、スムージング処理されていないオリジナルのデータに適用されます。

**i**

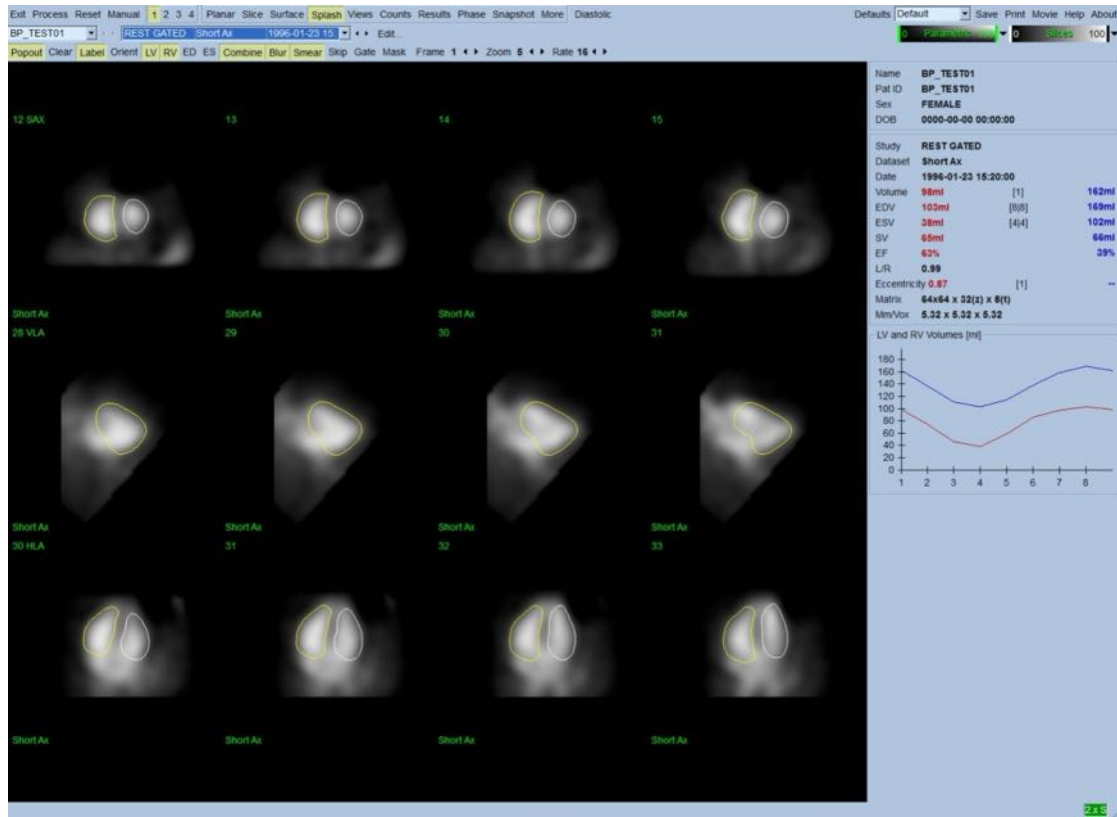
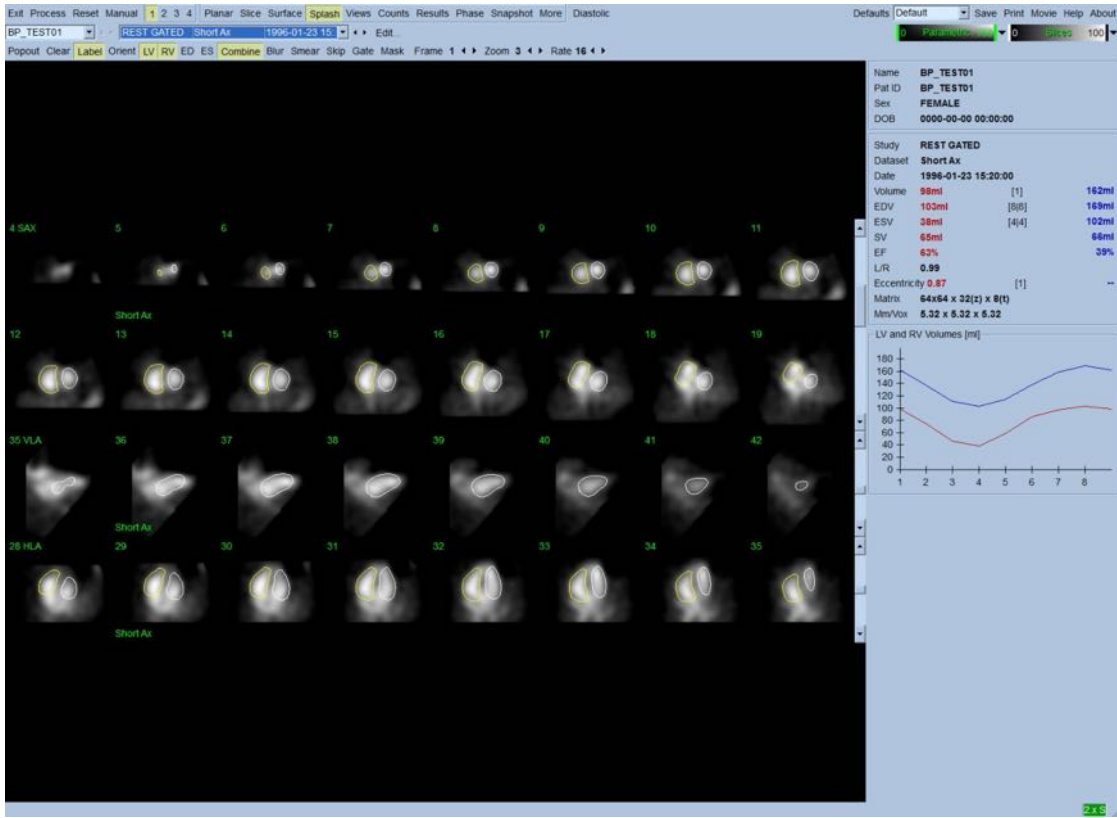
参考情報: Cedars-Sinai Medical Center (CSMC) では通常、壁運動の視覚的評価にグレースケールまたは温度スケールを使用しています。



## 5.7 スプラッシュページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する

**Splash [スプラッシュ]** ページボタンをクリックすると、下図のような **Splash [スプラッシュ]** ページが表示され、すべての使用可能な短軸画像が表示され、**Gate [同期]** ボタンを左クリックするとすべての画像が同時にシネ表示されます。画像を選択してその詳細を調べることもできます。それには「拡大表示」機能を使用します。画像を右クリックして選択/選択解除して (選択された画像領域の角の耳は青でハイライトされます)、**Popout [拡大表示]** ボタンを左クリックします (下図を参照)。

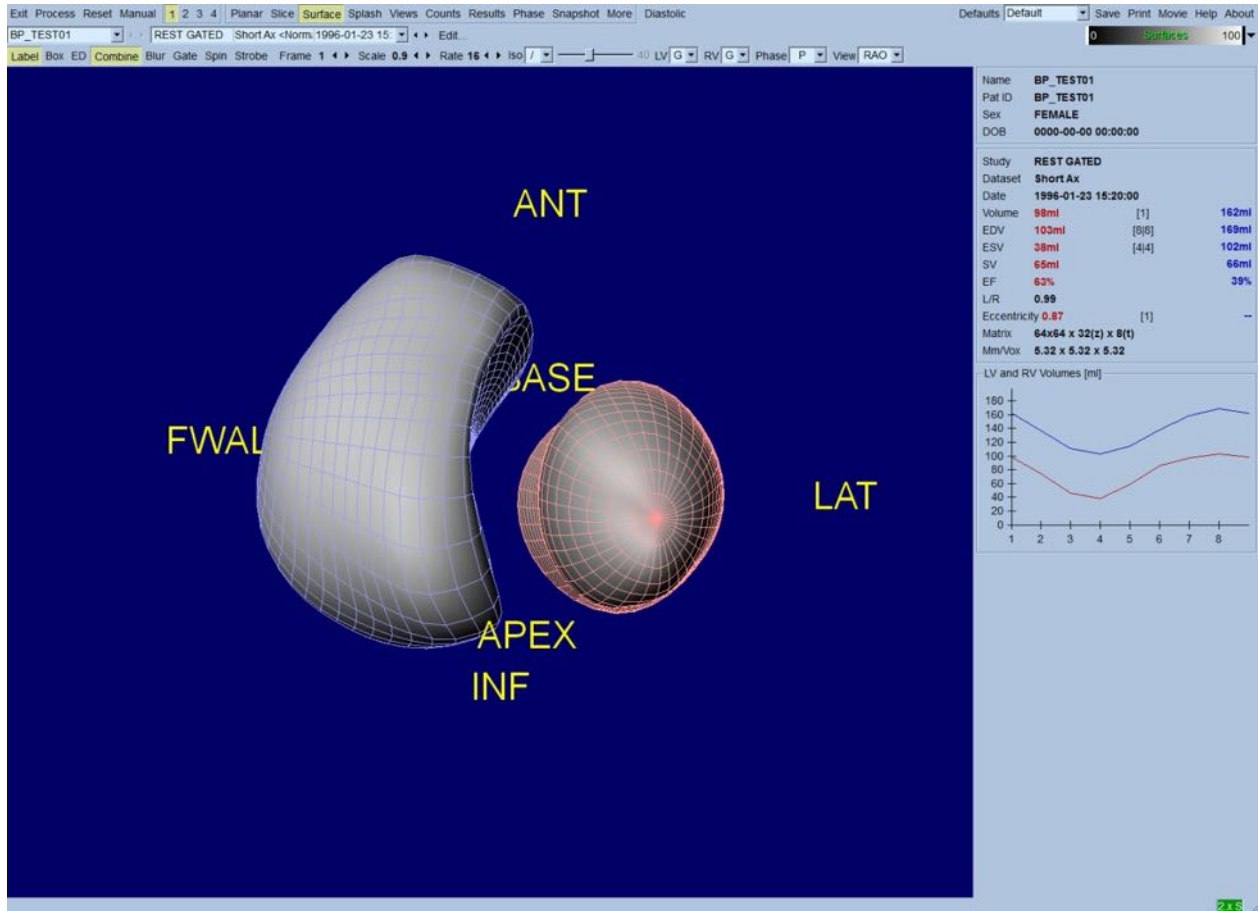




拡大表示をオンにした後のスプラッシュページ

## 5.8 壁面ページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する

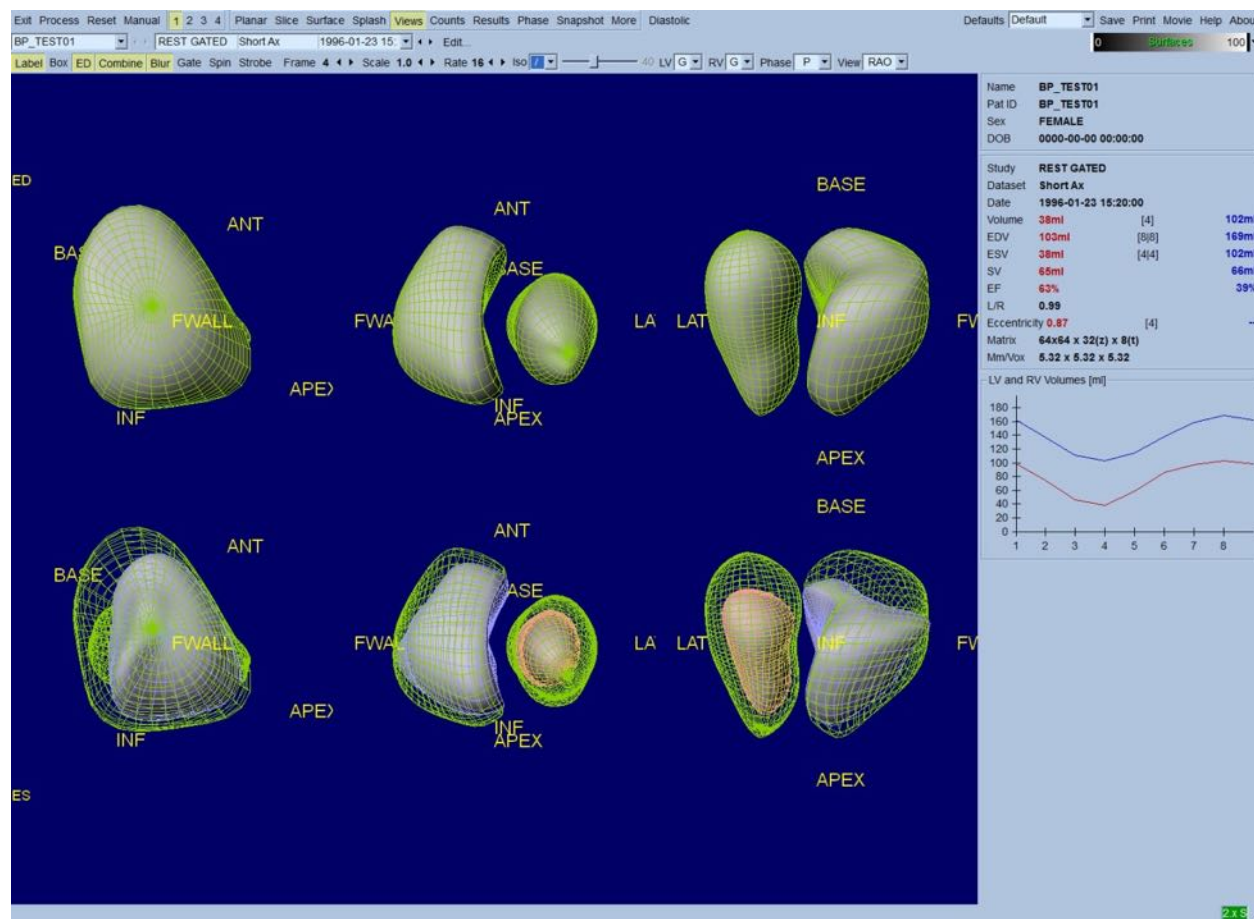
**Surface [壁面]** ページのボタンをクリックすると下図のような **Surface [壁面]** ページが開き、パラメトリック曲面によって表現された心室が、緑色のワイヤーフレーム (拡張末期の心室内壁) と陰影曲面 (心室内壁) で表示されます。**Gate [同期]** をクリックすると、心周期全体にわたる壁運動を 3D 表示で追うことができ、同時に画像をクリックしてドラッグすることによってリアルタイムで自由に画像を操作できます。



カウント数データから等価曲面を抽出することもできます。この曲面は壁運動の視覚的評価に使用できる可能性があります。等価曲面はどのレベルでも内壁の場所を示しません。そこで、ユーザーは計算された壁面を等価曲面に重ね合わせるすることができます。そのためには、陰影等価曲面に重ねて左心室と右心室の壁面をそれぞれ赤と緑でワイヤーフレーム表示するのが最善の方法です。等価曲面の抽出でノイズの影響を最小限に抑えるために、**Blur [スムーズ(動)]** ボタンをクリックして時間的スムージングをオンにするようお勧めします。左心室と右心室の表示属性は別々に設定できます。

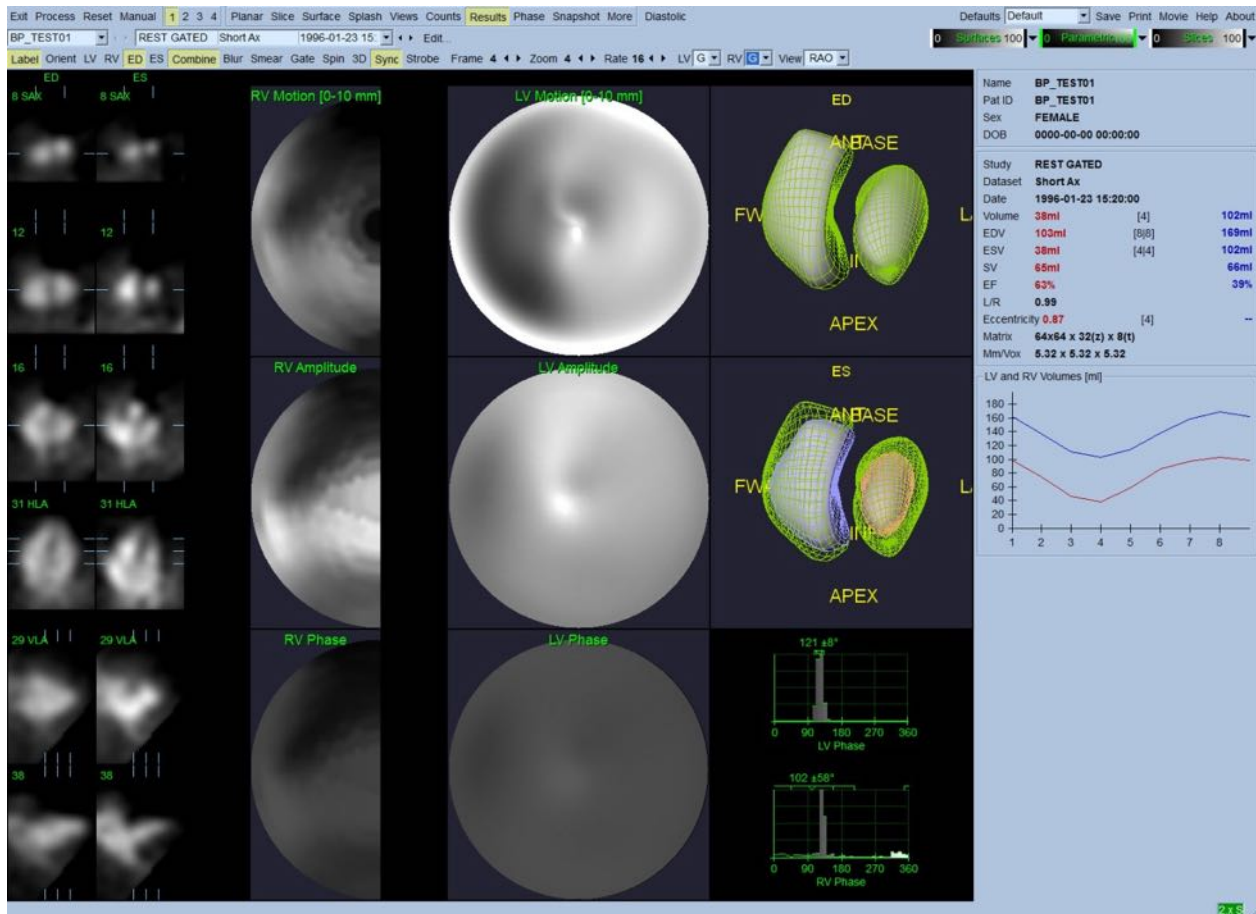
## 5.9 複数壁面ページで心電同期 SPECT 心プール画像を評価する

**Views [複数壁面]** ページのボタンをクリックすると、下図のような **Views [複数壁面]** ページが表示され、**Surface [壁面]** ページによく似た 3D 表示領域が 6 つ表示されます。このページの目的は、**Surface [壁面]** ページに比べて画像は小さくなりますが、左右の心室を完全にカバーすることです。



## 5.10 全部をまとめる：結果ページ

**Results [結果]** ボタンを押すと、下図のような **Results [結果]** ページが表示され、その被検者の心電同期 SPECT スタディに関するすべての情報が総合的に表示されます。左右心室の輪郭線をオフにしてこの画面をキャプチャすると、依頼医師に送るのに適した画像を作成できます。



## 結果ページ

### 5.10.1 時間-容積グラフを評価する

8フレームの心電同期収集では、有効な時間-容積グラフの最小値(収縮末期)はフレーム3または4に、最大値(拡張末期)はフレーム1、7または8に出現します。16フレームの心電同期収集では、最小値(収縮末期)はフレーム7または8に、最大値(拡張末期)はフレーム1または16に出現します。この期待される動作から大きくずれている場合、心電同期や処理が不成功であったと想定してスタディーをやり直すのが懸命です。上図は正しいグラフの例を示しています。



**参考情報:** 時間-容積グラフでは、フレーム1の値は、8フレームの場合はフレーム8の値、16フレームの場合はフレーム16の値からの続きであることに注意してください。

### 5.10.2 極座標マップを評価する

QBS では左室と右室それぞれの壁運動極座標マップが作成されます。

心臓内壁の動きを壁運動極座標マップへマッピングするとき、0 mm ~ 10 mm の範囲では線形モデルに従い、10 mm を超える運動は 10 mm とみなされ(つまり目盛りは 10 mm で飽和する)、0 mm 未満の運動(奇異性壁運動)は 0 mm とみなされます。結果ページに表示されるパラメトリック曲面の正規化は 10 mm の限界

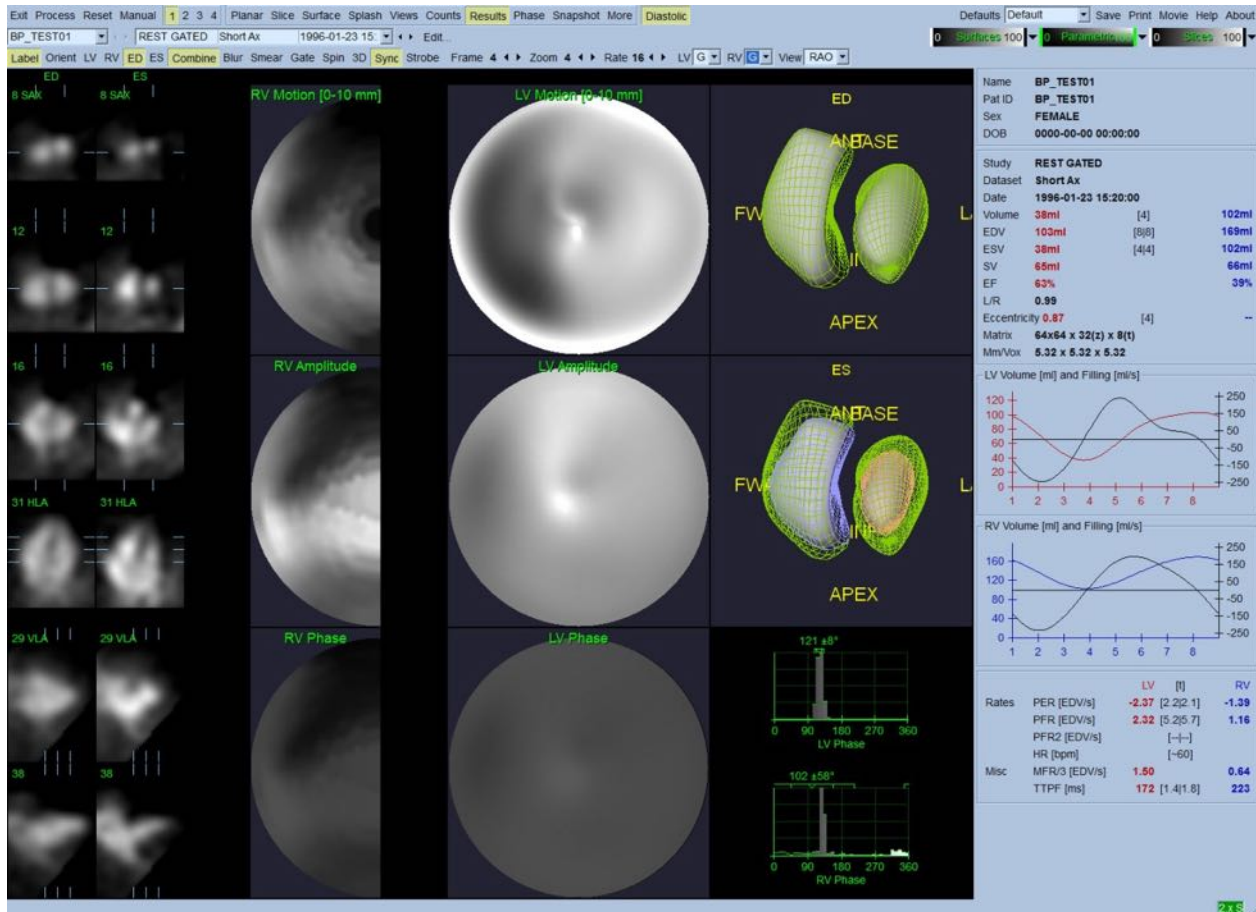
ではなく壁運動の最大値に関して行われます。FFH 振幅の極座標マップと壁面はいかなる方法でも正規化されません。FFH 位相の極座標マップと壁面は、0 ~ 360° の角度をカラーストライプ全体で表します (負の値は 0~360 度の範囲で折り返します。つまり、-20° は 340° として表示されます)。奇異性運動は振幅が非ゼロで位相値が正常領域ではない (つまり、その位相の色はパラメトリックカラーストライプの別の部分に対応する) ように見えることに注意してください。



**参考情報:** 健常者でも、隔壁は側壁より動きが小さく (壁運動マップに「暗い」領域ができる) に注意してください。

### 5.10.3 拡張機能

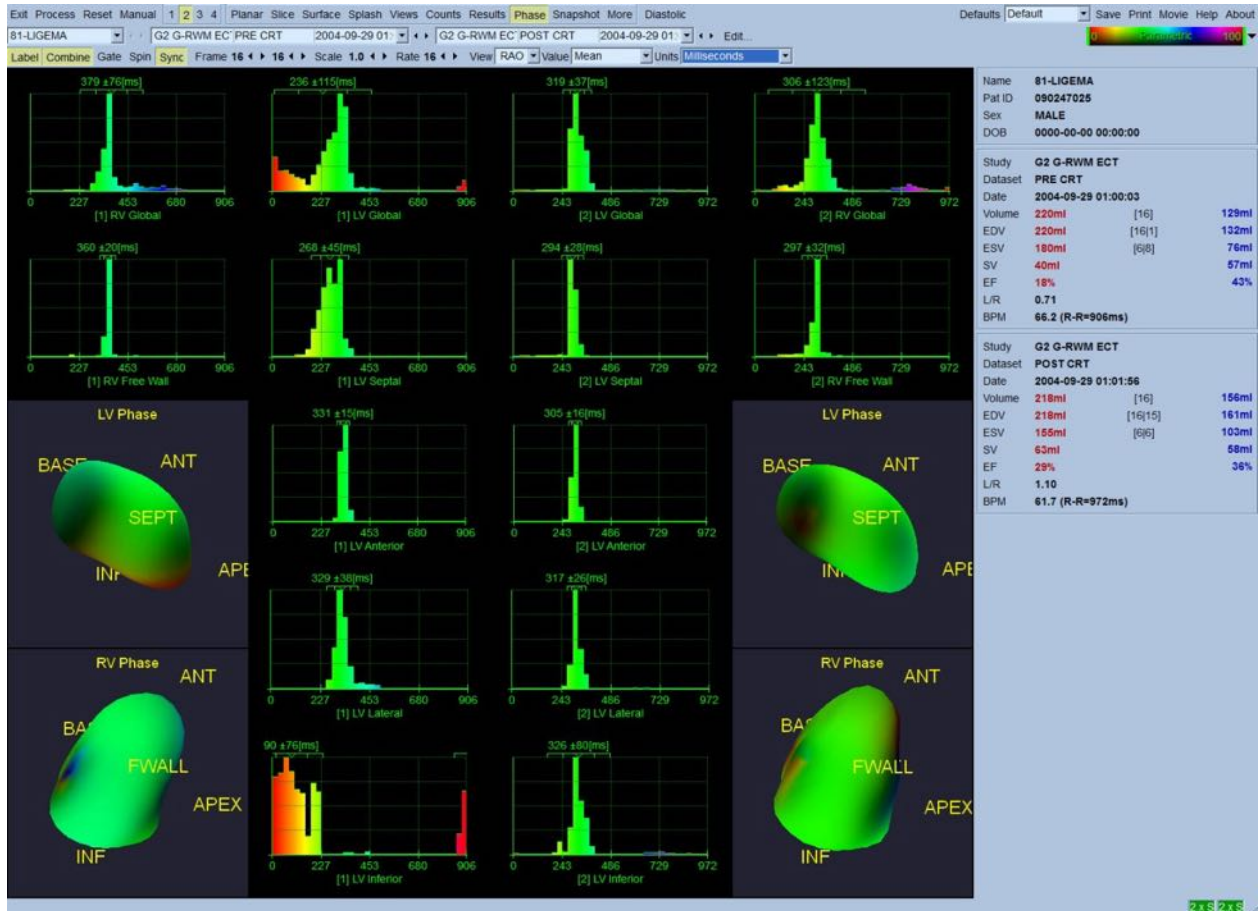
**Diastolic [拡張期]** ボタンをクリックすると、左心室と右心室の容積グラフの代わりに容積と充満速度を示すグラフと算出された拡張パラメータが表示されます。計算されたパラメータをすべて表示するには、QBS ウィンドウを全画面表示するか下へスクロールする必要があるかもしれません。



拡張期の結果

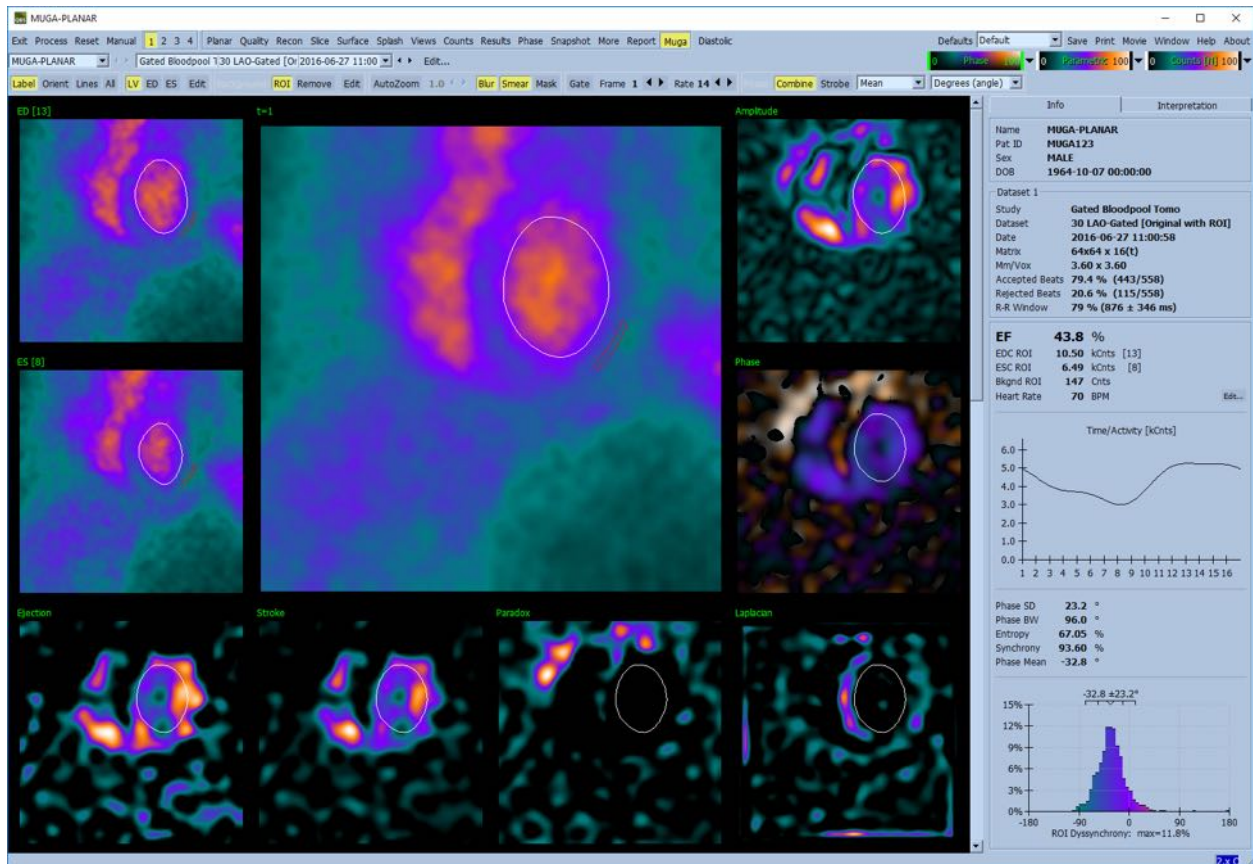
## 5.11 位相分析

オプションの PlusPack コンポーネントでは、QBS に全体と局所のヒストグラムとパラメータ値をマップした壁面を表示する位相分析ページが提供されます。Phase [位相] ページボタンをクリックすると、位相分析ページが表示されます。詳細統計と領域間のタイミングの差異が情報ボックス (画面右側) に表示されます。計算されたパラメータをすべて表示するには、QBS ウィンドウを全画面表示するか下へスクロールする必要があります。



## 5.12 Muga ページ

muga (マルチゲート収集) ページは、8 または 16 フレームを含むプラナー同期心プールデータセット、および muga スキャンからの数値的結果の処理と評価の両方に使われます。Muga ページの追加詳細は、QBS リフェレンスガイドで説明されています。

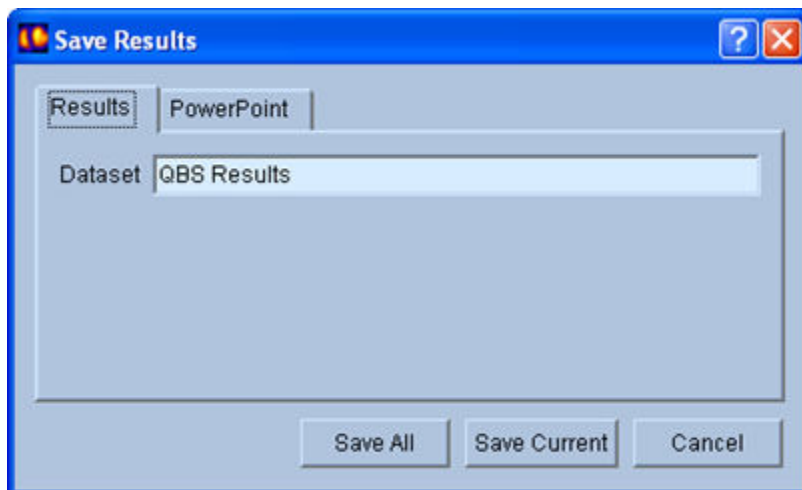


### 5.12.1 ピクセルサイズ

QBSの容積測定値は、画像ヘッダにピクセルサイズが正しく記載されていないと実際の値からずれます(容積の比率から計算される駆出率では問題ありません)。最近のカメラでは、ピクセルサイズは有効視野と拡大率の情報から自動的に計算されます。しかし、古いカメラや「ハイブリッド」システム(カメラのメーカーとそれが接続されているコンピュータのメーカーが異なる場合)では、ピクセルサイズの情報thatがガントリから伝達されるように設定されていない場合や、「標準」サイズ(たとえば1 cm)をデフォルトとして採用している場合があります。そのような場合、既知のパターン(たとえば、特定の間隔で並べた2つの線状線源)を撮影して、再構成したトランスアキシタル画像における2つの線の重心間のピクセル数を数えて、補正係数を手動で計算する必要があります。

## 5.13 結果を保存する

上記の手順の概要で説明した処理と評価が完了したら、その結果を結果ファイルに保存できます。メインツールバーで **Save [保存]** をクリックして **Save Results [結果を保存]** ダイアログを開きます (下図を参照)。



保存には **Results [結果]** と **PowerPoint** の 2 つのタブ選択肢があります。デフォルトの **Results [結果]** タブを選択すると、処理済みの結果を被検者スタディ内にデータセットとして保存できます。ここで結果データセットに付けた名前は、QBS の終了後に被検者スタディのデータセットリストに表示されます。結果ファイルの形式を選択する追加オプションが表示される場合もあります。これはソフトウェアの旧バージョンとの互換性を維持するために使用されます。最新バージョンの計算結果の中には旧バージョンでは使用できないものがあることに注意してください。

**PowerPoint** タブを選択すると、PowerPoint プレゼンテーションから簡単に直接ケーススタディを起動できる形式で結果とアプリケーションの設定情報を保存できます。

次の操作がサポートされています。

| 機能                               | 目的  |
|----------------------------------|---|
| <b>Save All</b><br>[すべて保存]       | 選択されているすべてのスタディを保存します。  |
| <b>Save Current</b><br>[現データを保存] | 現在表示されているスタディの結果を保存します。   |
| <b>Cancel</b><br>[キャンセル]         | 保存しないでダイアログを閉じます。ダイアログを閉じるときは、ダイアログウィンドウの右上角にある [×] をクリックすることもできます。 |

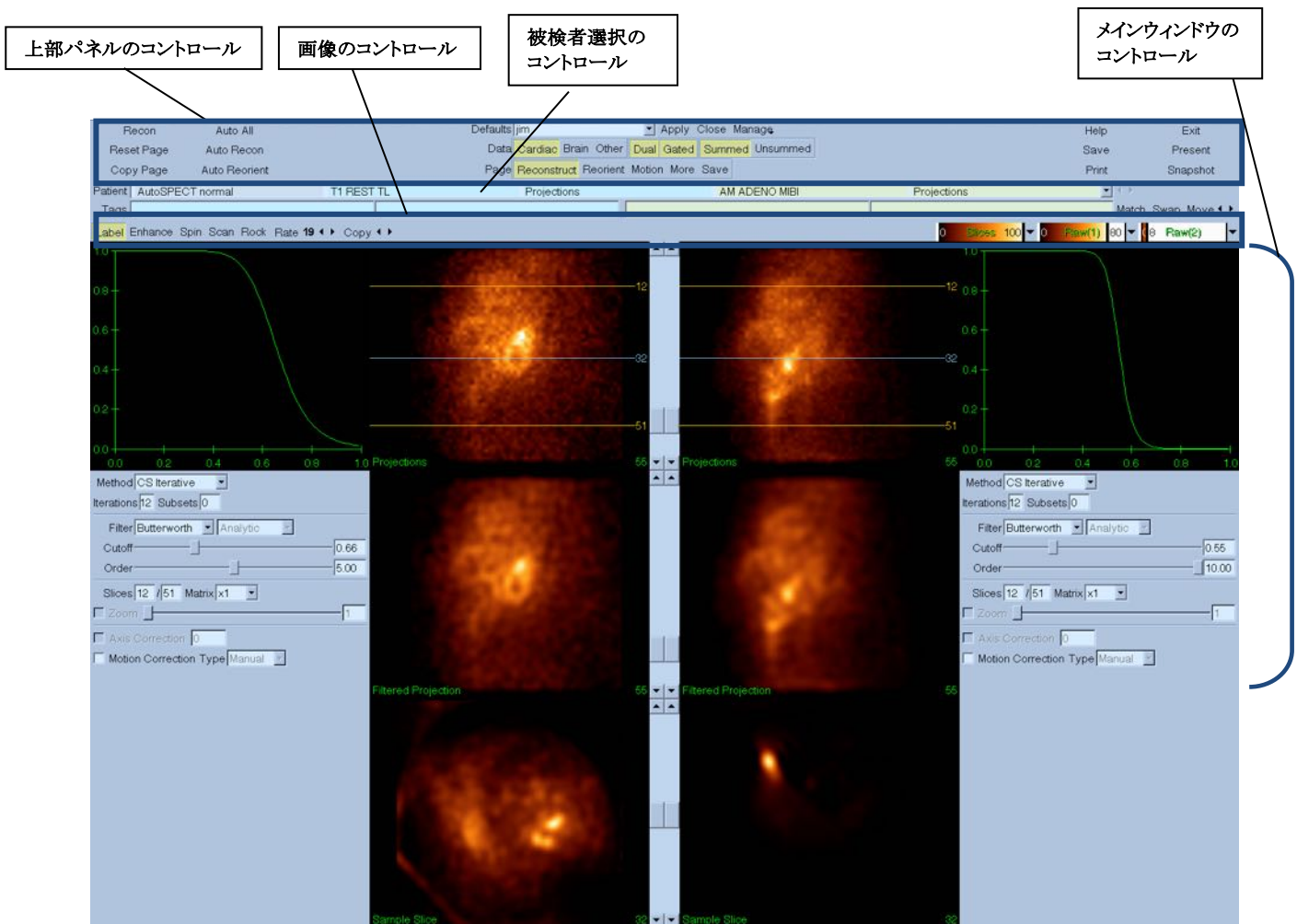


## 6 AutoRecon アプリケーション (自動再構成)

AutoRecon は自動再構成と手動再構成のためのオプションのアプリケーションです。心臓、脳、その他の部位 (肝臓や骨など) の SPECT および心電同期 SPECT のデータセットの自動および手動の再構成と断面変換 (向きの変更) に使用します。AutoRecon が提供する自動化の程度と処理オプションは選択されたデータセットの種類によります。AutoRecon は検証済みのルールを投影画像の再構成と断面変換に適用し、スタディの処理に要求される判定の数を削減します。

### 6.1 AutoRecon の起動

AutoRecon を標準構成で起動すると、下図のような再構成ページが開き、選択されたデータセットが読み込まれます。



#### 6.1.1 上部パネルのコントロール

AutoRecon の上部パネルに表示されるコントロールは、デフォルトファイルの選択、ファイルの保存、画像形式の設定などのアプリケーション機能を実行するために使用されます。これらのコントロールのほとんどは、現

在表示されている **AutoRecon** ウィンドウに関係なくアクセス可能です。このパネルに表示されるボタンの機能を下に簡単に説明します。

- **Recon [再構成]** - 現在表示されているデータセット (複数可) を手動で再構成します。データセットを手動処理するには、再構成の範囲を定義し、必要に応じてメインウィンドウのコントロールを調整してから、**Recon [再構成]** ボタンを押します。**Recon [再構成]** ボタンを使用した場合、**Reorient** (断面変換) 画面に自動的に進みません。**Motion Correction [体動補正]** の種類が **Auto [自動]** に設定されていると、データセットの再構成が開始された後に、**Motion [体動]** ウィンドウが表示されます。
- **Reset Page [ページをリセット]** - 処理済のデータセットと表示領域の設定を初期値に戻します。保存されていない処理済データセットは削除されます。
- **Copy Page [ページをコピー]** - 表示領域の処理設定一式をメモリに読み込まれている他のすべてのオブジェクトにコピーします。
- **Auto All [すべて自動]** - **Auto All [すべて自動]** は心臓データセットのみで使用可能になります。心臓データセット (複数可) の再構成範囲の決定、再構成、断面変換を自動的に行います。**Auto All [すべて自動]** はトランスバーススライスを生成して、自動的に **Reconstruct [再構成]** ウィンドウに進み、心室の立体データを自動的に断面変換します。**Motion Correction [体動補正]** の種類が **Auto [自動]** に設定されていると、体動補正されたデータセット (複数可) の再構成が開始された後に、**Motion [体動]** ウィンドウが表示されます。
- **Auto Recon [自動再構成]** - このオプションは自動的に心臓データセット (複数可) の再構成範囲を設定して再構成します。**Auto Recon [自動再構成]** は自動的にトランスバーススライスを生成しますが **Reorient** [断面変換] ウィンドウには進みません。**Motion Correction [体動補正]** の種類が **Auto [自動]** に設定されていると、体動補正されたデータセット (複数可) の再構成が開始された後に、**Motion [体動]** ウィンドウが表示されます。
- **Auto Reorient [自動断面変換]** - 心臓データセット (複数可) を自動的に断面変換します。そのデータセットの再構成がまだの場合は、**Auto Reorient [自動断面変換]** は再構成を行ってから断面変換を行います。**Motion Correction [体動補正]** の種類が **Auto [自動]** に設定されていると、体動補正されたデータセット (複数可) の再構成が開始された後に、**Motion [体動]** ウィンドウが表示されます。
- **Defaults [デフォルト]** - このフィールドには現在選択されているデフォルト設定の名前が表示されます。

## 6.2 ワークフロー

**AutoRecon** での心臓データセットの処理で見られる典型的なワークフローを次に示します。

- 1) 被検者ブラウザからデータセット (複数可) を読み込み、**AutoRecon** ボタンをクリックします。
- 2) **Reconstruct [再構成]** ページで、**Auto All [すべて自動]** をクリックして、未処理の **SPECT** 心臓データセットまたは心電同期 **SPECT** 心臓データセットの再構成と断面変換を自動で行い、**Auto Recon [自動再構成]** で心臓 **SPECT** または心電同期 **SPECT** トランスバースデータセットを自動生成し、それを **Auto Reorient [自動断面変換]** で自動的に断面変換します。



**参考情報:** トランスバースデータセットがまだ再構成されていない場合、**Auto Reorient** はそのデータセットを自動的に再構成してから断面変換します。**Auto All [すべて自動]** または **Auto Reorient [自動断面変換]** オプションが選択された場合、処理は自動的に Reorient [断面変換] ウィンドウに進みます。

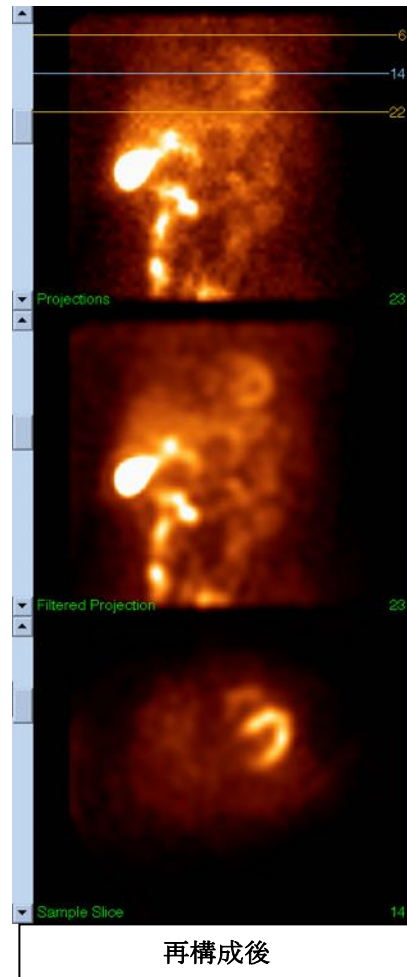
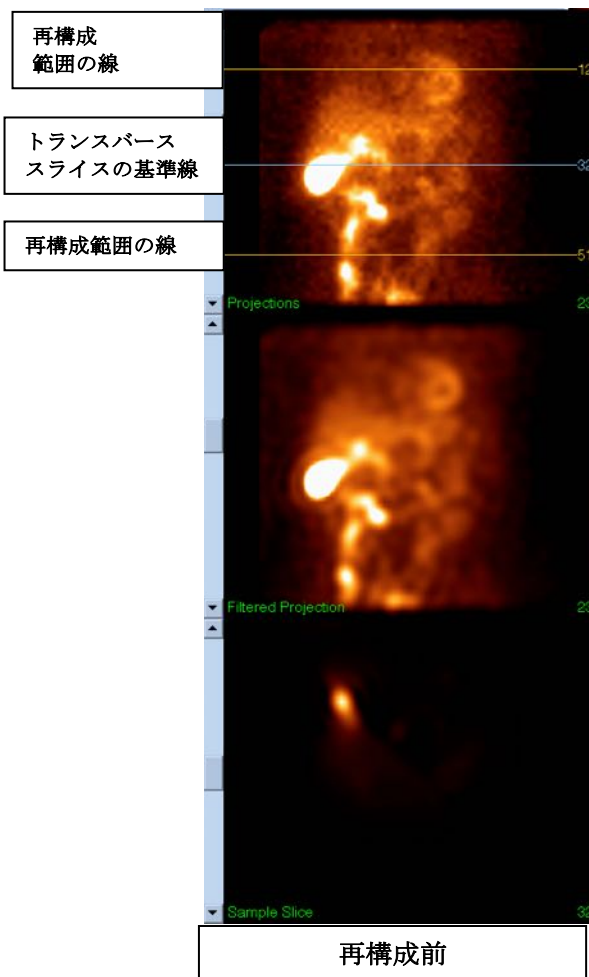
3) 次の各ページを調べて画像にさらに変更を加える必要がないかどうかを確認します。

**(1) Reconstruct [再構成] ページ**

- a. 再構成範囲は完全に左心室を囲み、左心室の上からの距離も下からの距離も対称に 5 ピクセル以下にします。
- b. 再構成範囲が左心室を切り落とさないようにします。



**参考情報:** 再構成範囲が適切に定義されていない場合は、手動で心臓データセットを処理できます。再構成範囲の線を左心室の近くに左マウスボタンを押さえてドラッグし、**Recon [再構成]** ボタンを左クリックします。体動補正の種類が **Auto [自動]** に設定されている場合、再構成の後で Motion [体動] ウィンドウが表示されます。

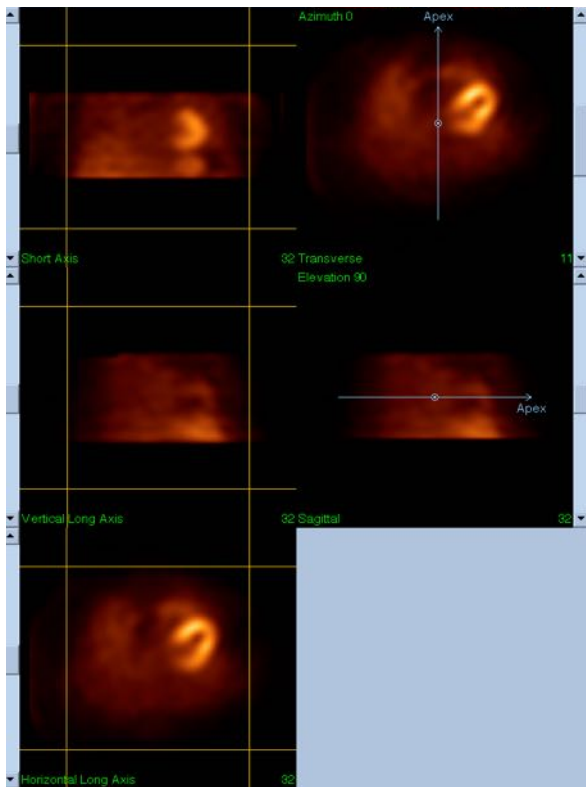


## (2) Reorient [断面変換] ページ

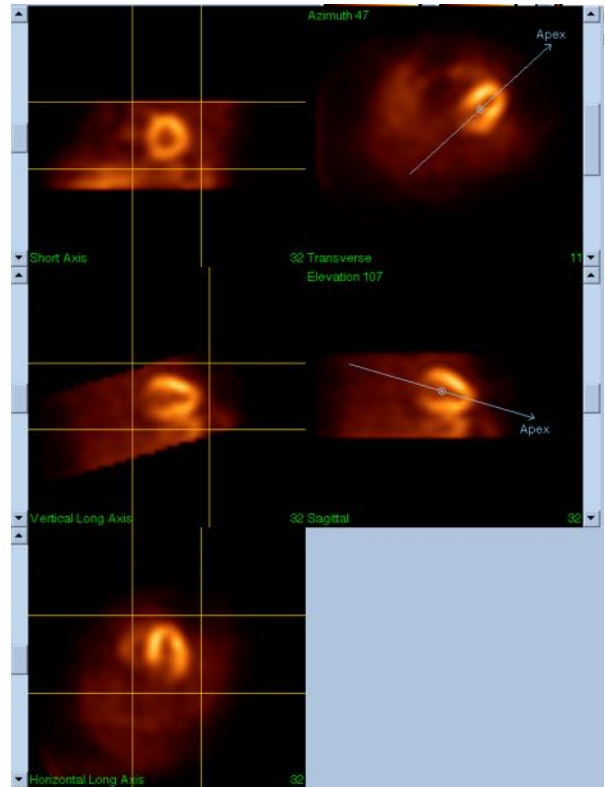
- 断面変換された左心室を短軸、垂直長軸、水平長軸の各表示領域で見ることができます。
- トランスバース表示領域で Azimuth [方位] 線の位置と向きを確認します。
- サジタル表示領域で Elevation [高さ] 線の位置と向きを確認します。



**参考情報:** 必要に応じて、手動で心室の向きを変更します。Azimuth (方位) または Elevation (高さ) 基準線を左クリックでドラッグして心室の中央に配置します。Azimuth (方位) または Elevation (高さ) 基準線の末端を左クリックでドラッグして心室の向きを修正します。データセットの基準線を左クリックでドラッグして、心室を切り落とさないようにして心室に近付けます。



断面変換前



断面変換後

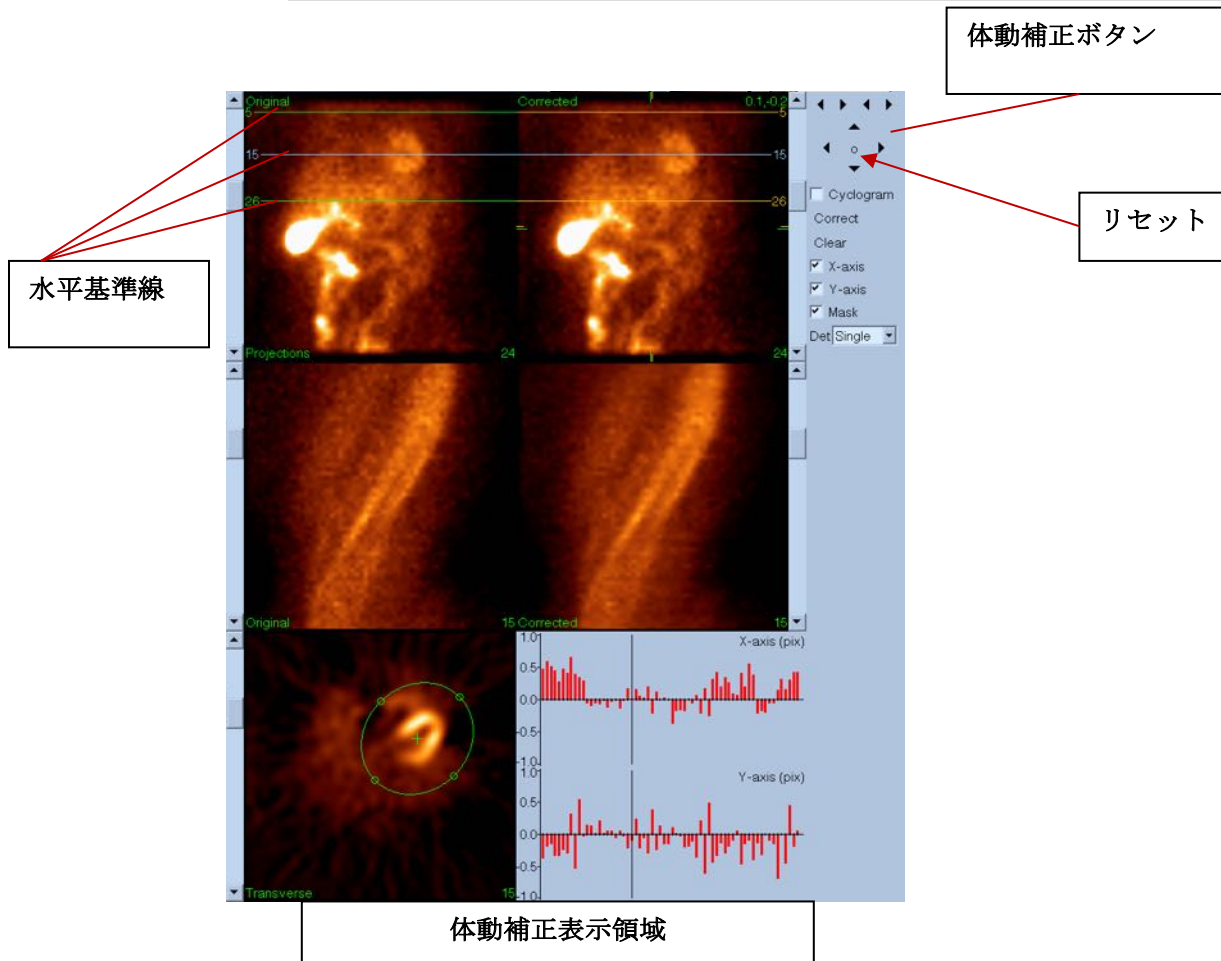
## (3) Motion [体動] ページ

Motion [体動] ページには MoCo (Cedars-Sinai Motion Correction: Cedars-Sinai 体動補正) アプリケーションが表示され、SPECT 収集の体動アーチファクトを自動および手動で補正するときに使用できます。再構成ページで体動補正の種類が **Auto [自動]** に設定されている場合、データセットの体動アーチファクトは自動的に補正されます。

- 体動アーチファクトが正確に補正されていることを確認します。



**参考情報:** 手動で体動を補正するには、参照表示領域で体動補正ボタンを使って各スライス内の画像を移動します。再構成ページで体動補正の種類を **Manual [手動]** に変更し、手動で補正されたデータセット (複数可) を含むスタディを再構成します。



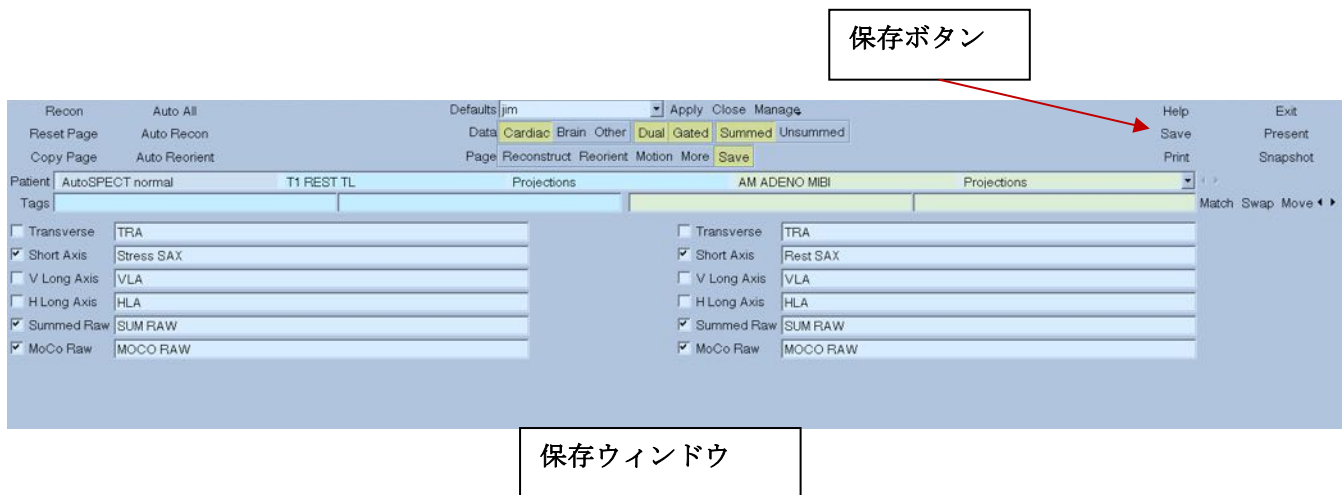
#### (4) 保存設定 ページ

- 保存するデータセットごとにチェックボックスをオンにし、ビュー ID が正しいことを確認します。
- Save [保存]** ボタンを左クリックしてデータセットを保存します。



**注意:** 画面左上にある **Save [保存]** ボタンと保存オプションページを表示するための **Save [保存]** ボタンとを間違えないようにしてください。 **Save [保存]** ボタンは保存パラメータを変更する機会を与えずにデータセットを保存します。

保存オプションの  
ページを表示



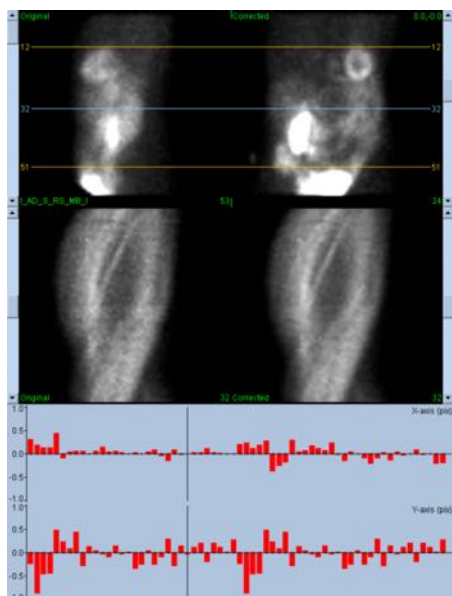
(5) **Exit [終了]** ボタンをクリックして **AutoRecon** を終了します。

## 7 MoCo アプリケーション (Motion Correction : 体動補正)

MoCo は次のコンポーネントで構成されています。

|              |                        |
|--------------|------------------------|
| 表示領域         | 画像と結果の表示               |
| カラーコントロール    | 現在のカラースケールの選択と輝度のマッピング |
| データセットセレクト   | 表示されるデータセットの選択         |
| 表示領域のコントロール  | 表示領域の表示の制御             |
| MoCo のコントロール | 自動および手動の体動補正の処理と検証     |

### 7.1 表示領域



これは次のコンポーネントで構成されていますが、他のアプリケーションに埋め込んで使用するのが主な用途なので、ユーザーがアクセスできる終了や保存の機能は含まれていません。

|                 |   |
|-----------------|---|
| 未補正投影の表示領域      | 補正されていないデータセットから単一の投影画像が表示されます。表示される投影画像をスクロールバーで選択できます。水平の体動基準線はドラッグして移動できます。                                |
| 補正済み投影の表示領域     | 補正済みのデータセットから単一の投影画像が表示されます。表示される投影画像をスクロールバーで選択できます。水平の体動基準線はドラッグして移動できます。体動補正に使用された X 軸と Y 軸のオフセット値も表示されます。 |
| 未補正サイノグラムの表示領域  | 補正されていないデータセットから単一のサイノグラム画像が表示されます。表示されるサイノグラムは対応する投影画像表示領域のサイノグラム基準線をドラッグして選択できます。                           |
| 補正済みサイノグラムの表示領域 | 補正済みデータセットから単一のサイノグラム画像が表示されます。表示されるサイノグラムは対応する投影画像表示領域のサイノグラム基準線をドラッグして選択できます。                               |
| X 軸での体動グラフ      | 現在の X 軸上での体動補正オフセットを表示します。  |

|                        |  |
|------------------------|--|
| <b>Y 軸での体動<br/>グラフ</b> | 現在の Y 軸上での体動補正オフセットを表示します。   |
| <b>体動カーソル</b>          | 手動で X 軸と Y 軸での体動補正オフセット値を選択できます。表示領域に表示される未補正と補正済みの投影画像を選択することもできます。 |

## 7.2 カラーコントロール



カラースケールには 2 種類あり、Raw [生] はほとんどの画像 (投影、サイノグラム、およびサイクログラム) の表示を制御します。Slices [スライス] はスライス画像の単一表示を制御しますが、マスクまたはサイクログラムが選択されているときにのみ使用できます。

カラーコントロールは適用するカラースケールの選択と輝度マッピングに使用されます。カラースケールはカラースケールのオプションメニューをクリックしてそのリストから選択します。輝度マッピングは、その上限および下限を 0~100% の範囲で設定します。これら 2 つのパラメータが、フルカラースケールにマッピングするデータセットの動的範囲の部分を設定します。

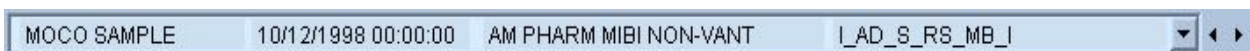
上限バーおよび下限バーで表示される輝度マッピングの上限と下限はカラースケールバーで設定することができます。カラースケールバーでは次のような操作ができます。

- 上限または下限バーを左ドラッグで移動する。
- カラースケールバー上のその他の任意の点を左ドラッグすると、両方のバーを同時に移動できる。
- カラースケールバー上の任意の点をマウスの中ボタンでクリックまたはドラッグすると、クリックあるいはドラッグした場所に近い方のバーをその点まで移動できる。
- カラースケールバー上の任意の場所で左ダブルクリックすると、上限と下限のバーを 0 と 100 にリセットできる。

以下の機能にはオプションメニューからアクセスできます。

|                             |   |
|-----------------------------|---|
| <b>Reset [リセット]</b>         | 上限・下限レベルをリセットします。                       |
| <b>Invert [反転]</b>          | 上限・下限レベルの値を反転します。                       |
| <b>Step [段階]</b>            | スムーズなカラースケールと不連続なカラースケールとの間で切り替えま<br>す。 |
| <b>Gamma [ガンマ値]</b>         | カラースケールのガンマ値コントロールの表示をオンオフします。          |
| <b>Expand [拡大]</b>          | 動的範囲の上限と下限の拡大をオンオフします。                  |
| <b>Normalize [正規<br/>化]</b> | セグメント化の結果に基づいたデータセットの自動正規化をオンオフしま<br>す。 |

## 7.3 データセットセレクタ

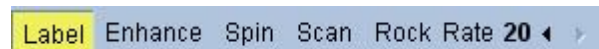


アプリケーションの起動時にデータセットのリストが入力として渡されます。データセットセレクタは、現在のデータセット、つまり表示するデータセットをリストの中から選択するために使用します。矢印ボタンをクリック



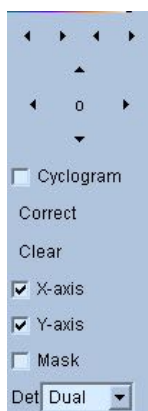
すると使用可能なデータセットが順に選択されます。さらに、データセットオプションメニューをクリックすると、使用可能なデータセットが一覧表示され、そこからデータセットを選択できます。

## 7.4 表示領域のコントロール



|                     |  |
|---------------------|--|
| <b>Label [ラベル]</b>  | 表示領域にラベルを表示します。それにはスライス番号、投影番号、体動基準線が含まれます。                  |
| <b>Enhance [強調]</b> | 未補正および補正済みの投影画像に空間フィルタを適用して体動アーチファクトを強調し、目立つようにします。          |
| <b>Spin [ループ]</b>   | 投影画像のシネ表示をオンオフします。   |
| <b>Scan [スキャン]</b>  | サイノグラム of シネ表示をオンオフします。                                      |
| <b>Rock [往復]</b>    | 収集が 360°未満の投影画像を双方向に交互に回転するシネ表示をオンオフします (Spin [ループ] もオンのとき)。 |
| <b>Rate [速度]</b>    | シネとスキャンの速度を選択できます。   |

## 7.5 MoCo のコントロール



MoCo のコントロールは自動および手動の体動補正の処理と検証に使用されます。次のようなコントロールが利用できます。

|                            |  |
|----------------------------|--|
| <b>Cyclogram [サイクログラム]</b> | サイクログラム表示モードをオンにします。サイノグラム表示領域に代わって対応するサイクログラム表示領域が表示されます。サイクログラムは一連の縦帯によって構成されます。縦帯は投影シーケンス内の各投影と投影およびトランスバース平面に垂直な平面と交差し、さらにトランスバース平面内の 1 点 (ユーザー指定) を通るように拘束されます。サイクログラムは横 (X 軸) の体動を強調します。これはサイノグラムが縦 (Y 軸) の体動を強調するのと似ています。 |
| <b>Correct [補正]</b>        | 自動または半自動の体動補正を実行します。   |
| <b>Clear [クリア]</b>         | 体動補正のオフセットをすべてゼロにリセットします。  |
| <b>X-axis [X 軸]</b>        | X 軸での体動補正をオンにします。  |
| <b>Y-axis [Y 軸]</b>        | Y 軸での体動補正をオンにします。  |
| <b>Mask [マスク]</b>          | マスクモードをオンにします。トランスバーススライスを表示する表示領域が追加され、体動補正を適用する立体領域を楕円形とトランスバーススライスの範囲で定義できます。   |
| <b>Det [ヘッド]</b>           | 検出器の数を選択します。体動補正アルゴリズムはカメラの位置設定に基づいて異なった拘束を使用します。  |

## 8 トラブルシューティング

症状: QGS+QPS または QPET を起動するとデータベースの接続エラーメッセージが出る。

### 解決策

1. ARG サーバーが正しくインストールされていることを確認します。
2. ARG サーバーへのネットワークアクセスがあることを確認します (コマンドプロンプトで ping [argserver] を実行する。ただし、[argserver] は ARG サーバーの IP アドレス)。

症状: カメラから画像を CSImport にプッシュできない。

### 解決策

1. 両方のシステムが正しく設定されていることを確認し、CSImport 設定の接続セクションを調べ、カメラメーカーからのユーザーマニュアルを参照してください。
2. Windows のファイアウォールで Cedars-Sinai DICOM Store が例外扱いになっていることを確認します。
3. プッシュする側のワークステーションが CSImport 側のワークステーションにアクセスできることを確認します (カメラのワークステーションからコマンドプロンプトで ping [csimport\_ip] を実行する。ただし、[csimport\_ip] は CSImport 側のワークステーションの IP アドレス)。

症状: QGS+QPS / QPET でデータセットを開こうとすると、「複数一致」というメッセージが出る。

### 解決策

1. 検索対象のフィールド (被検者の性別など) に情報が挿入されていることを確認します。空白の場合、データベースのエディタ画面で黄色になっています。フィールドに正しく情報が挿入されていない場合、DICOM データにエラーがある可能性を示しています。詳細については、カメラメーカーにお問い合わせください。
2. データセットの性別、核種、収集ステータスを確認します。
3. データベースページを開き、List [リスト] を選択して、その中で同じ性別/核種/収集ステータスの組み合わせを持つデータベースが 1 つしかアクティブになっていないことを確認します。複数のデータベースがアクティブになっている場合は、必要のないデータベースを開き、自動選択を許可するオプションをオフにして保存します。

## 索引

- CSIImport, 11
- DICOM
  - 検索/取り出し, 34
  - プッシュ, 35
- FFH 振幅, 73
- FTP, 33
- MoCo, 11, 95
- Philips Odyssey, 33
- Philips Pegasys, 33
- PowerPoint, 70, 88
- QBS, 10, 71
- QGS, 10, 38
- QPS, 9, 38
- SDS, 54
- SMS, 53
- SRS, 54
- SSS, 54
- STS, 53
- 異常範囲, 61
- 位相分析, 62, 86
- 往復, 73
- カウント数, 73
- 拡大表示, 52, 80
- 拡張機能, 85
- 極座標マップ, 61
- 結果
  - 保存, 67, 70, 88
- 血管領域, 58
- 重症度, 61
- 処理, 44, 48, 74
- スコア図, 53, 59
- スムーズ(画), 50, 51, 80
- スムーズ(動), 50, 51, 80, 82
- 制約, 49
- セットアップ, 24
- データのインポート, 28
- デバイスの記述, 9, 14, 22
- デバイスの用途, 9
- 同期, 51
- パラメトリック, 73
- フュージョン, 11
- ページ
  - QBS の結果, 83
  - QGS の結果, 59
  - QPS の結果, 57
  - 手動, 48, 75
  - 詳細, 62
  - スプラッシュ, 51, 80
  - スライス, 44, 50, 74, 79
  - 生, 41, 42, 73
  - 複数壁面, 83
  - 壁面, 55, 82
- 壁領域, 58
- ボクセル, 62
- マスク, 48
- ムービー, 43
- 容積グラフ, 60
- ループ, 73