画像診断による冠動脈プラーク組織性状の評価

小向 賢一, 猪野 靖, 北端 宏規, 赤阪 隆史

Komukai K, Ino Y, Kitabata H, Akasaka T: **Intravascular imaging modalities for assessing tissue characterization of coronary plaques**. J Jpn Coron Assoc 2011; **17**: 107–113

I. はじめに

急性冠症候群(acute coronary syndrome; ACS)におい て心臓突然死や急性心筋梗塞を未然に防ぐには、その原因 である冠動脈粥腫(プラーク)の組織性状を的確に把握し、 ACSの発症を予想する必要がある. 急性冠症候群の多く は、冠動脈壁に存在する線維性被膜で覆われている脂質に 富んだコアを有するプラークが破綻し、血栓が形成される ことにより冠動脈が一部あるいは完全に閉塞を来すことに より発症する. これらのプラークは必ずしも有意狭窄病変 とは限らず、約7割の症例において発症前の冠動脈狭窄度 は50%以下であることが報告されている¹⁾. これらの破綻 しやすい粥腫は脆弱性プラーク(vulnerable plaque)と呼 ばれ,病理学的検討により,①薄い線維性被膜(thincapped fibroatheroma: TCFA)や大きな脂質コアを有する 偏心性プラーク,②炎症細胞の集簇,③血管陽性リモデ リング、③ spotty な石灰化の存在などがその特徴として 挙げられる.

冠動脈病変の診断法としては、現在でも冠動脈造影法 が重要な検査法であり、心臓病学の発展に多大な貢献を 果たしてきた.しかし、冠動脈造影法で得られる画像は 血管内腔の投影像にすぎず、動脈硬化の首座である血管 壁の異常を捉えることは困難である.脆弱性プラークの 同定には正確なプラーク組織性状の識別に加え、上述し た冠動脈壁内の微細構造異常や炎症の程度を評価できる 画像診断法が必要であり、現在、種々の非侵襲的あるい は侵襲的画像診断装置が開発・発展過程にある.本稿で は、それらの画像診断法の特徴とそれぞれのvulnerable plaque 同定への可能性について概略を述べる.

II. 冠動脈 CT angiography

冠動脈の非侵襲的な評価方法として冠動脈 CT angiography(CTA)が登場した. CTA の空間分解能は 0.5 mm であり、冠動脈の内腔狭窄を検出するには十分でも、 TCFA やそれが破綻したプラークを直接可視化するには 不十分と考えられてきた.しかし、CTAの多列化やガン トリー回転速度の高速化により,空間分解能,時間分解 能が大幅に改善し、その診断精度が向上している. CTA による CT 値の計測により、プラークの組織性状評価が 可能である. Schroeder らの報告によれば、ソフトプラー クは線維性プラーク,石灰化よりもCT 値が低く,CTA での CT 値 47 HU 以下のプラークは血管内超音波(intravascular ultrasound; IVUS)上ソフトプラークであったと している²⁾. また, ACS において, 責任病変の CT 値が安 定狭心症と比較して有意に低値であり³⁾,陽性リモデリン グと微小石灰化が有意に多く認められると報告されてい る^{4,5)}. さらに, Hoffmann らは, ACS の責任病変は非責 任病変や安定狭心症の責任病変よりもプラークサイズと リモデリング指数が大きかったと報告している⁶⁾. Tanaka らは、IVUS で観察されたプラークの破綻部位に は、陽性リモデリングや、プラークを取り囲む比較的高 い CT 値の ring 状の構造物を有する ring-like sign が高頻 度に認められることを報告している⁷⁾. また、最近の光干 渉断層法(optical coherence tomography; OCT)とCTA を用いた冠動脈プラークの比較検討によると、OCT で診 断された TCFA 群において、非 TCFA 群と比較し高頻 度(44% vs 4%, p<0.0001)に ring-like sign を認めたと報 告されている⁸⁾ (図 1). さらに, TCFA 群は非 TCFA 群 に比べ陽性リモデリングの頻度が高く(76% vs 31%, p<0.001), 低 CT 値のプラーク(35±32 HU vs 62±34 HU, p<0.001)を呈したことも報告されている. これらの報告に より、CTA における vulnerable plaque の特徴は陽性リ モデリング, 低 CT 値, 微小石灰化および ring-like sign であると考えられる.

CTAの技術進歩はめざましく,多列化, dual energy 法などの開発により分解能の向上や,造影剤使用量,放 射線被曝量の軽減が見込まれる.このように診断精度が 向上し患者の負担が少なくなれば,CTAの重要性はより 増すものと期待される.

和歌山県立医科大学循環器内科(〒 641-8510 和歌山市紀三井寺 811-1)



図1 Ring-like sign の代表例 左冠動脈前下行枝の中間部を責任病変とする不安定狭心症の冠動脈造影所見(C). 冠動脈 CT angio(A, B)では ring-like sign を認める(矢印). 同部位の OCT 画像では薄い線維性被膜を伴う 偏心性プラークを認めた(D, E).

III. MR angiography (MRA)

Whole heart coronary MRA と呼ばれる冠動脈 3 次元 撮影法の開発,臨床応用に伴い,冠動脈 MRA の有用性 と診断能は向上しつつある.1.5 T装置による whole heart coronary MRA の利点は SSFP(steady state free precession)法を使用することで空間分解能と時間分解能 が向上し,造影剤を用いずにコントラストの高い画像が 得られることである.撮影時間は MDCT に劣るものの, 造影剤や放射線被曝を要しない,石灰化病変の評価も可 能である,再撮像が可能である,心拍数の高い患者でも 比較的良好な画像を得られる,などの利点があり,冠動 脈狭窄のスクリーニング検査としてきわめて優れた特徴 を有する.

冠動脈狭窄の診断における 1.5 T 装置・5 チャンネル心 臓用コイルを用いた whole heart coronary MRA は 16 列 CT と同等の診断能を有するとされていたが,40 列以上 の MDCT には及ばないと考えられる⁹⁾.しかし,2009 年 より市販された 32 チャンネルコイルを用いると撮影時間 が5 チャンネルに比べ 1/2~1/3 まで短縮するのみなら ず,検査成功率が 100%,感度が 86%,特異度が 93%ま で向上したと報告されている¹⁰⁾.さらに近年,3T MRI 装 置を用いた MRA の研究も進んでいる.

MRIによる不安定プラークの同定については、動物実 験レベルでの研究が進んでいる.3TMRIを用いてウサギ 腹部大動脈を観察したところ、不安定プラークでは安定

プラークと比較し、MRI で計測したプラーク面積が大き く、陽性リモデリングおよびガドリニウム集積が高頻度 で認められることが報告されている¹¹⁾. ヒト生体内にお ける MRI プラークイメージングについては、頸動脈領域 での研究が進んでいる.分解能の問題から冠動脈プラー ク性状評価は技術的に困難と考えられてきたが、T1 強調 black blood MRI 法による冠動脈プラークの検出や冠動脈 壁の厚さ評価などの報告がなされている¹²⁾.他方.磁性 鉄ナノ粒子などのガドリニウムに代わる新たなイメージ ングプローブなどを用いることで macrophage に富んだ 動脈硬化プラークを検出しようという試み¹³⁾や、血栓検 出の可能性なども報告されている. さらに, MRI で検出 した macrophage 含有率がスタチン治療によって減少す ることも報告されており¹⁴⁾、将来、MRIによる脆弱性プ ラークの検出およびそれに対する薬効評価の可能性が期 待される.

IV. 血管内超音波(intravascular ultrasound; IVUS)

IVUS は高周波超音波探触子を血管内腔に挿入して血管 壁の構築を直接観察する診断法であり,日本では1991 年 から広く臨床応用されている.IVUS における超音波の深 部到達度は4-8 mm で,冠動脈断面全体の定量的・形態的 評価が可能であり,手技が容易で安全性も高く,現在, もっとも広く普及している血管内イメージング法であ る.通常のIVUS から得られる画像は白黒で表示され, gray-scale と呼ばれる.gray-scale IVUS では脂質を多く

含むソフトプラークは低輝度エコーとして描出され、線 維性プラークは高輝度エコーを呈する. 石灰化病変はさ らに強い高輝度領域として描出され、後方に音響陰影を 伴う.動脈硬化の進展とともに血管外径が拡張すること が知られているが、IVUS は壁深達度が深いため血管リモ デリングの評価に最も適している. ACS における grayscale IVUSを用いた検討では、梗塞責任血管の責任プ ラークは、より大きな血管面積およびプラーク面積を有 し、高頻度に血栓や陽性リモデリング、偏心性病変を認 めたと報告されている¹⁵⁾. さらに, gray-scale IVUSの優 れたプラーク定量性を背景に,近年動脈硬化の退縮・進展 に関する薬効評価を行った臨床試験が数多く報告されて いる. JAPAN-ACS研究では、IVUSガイド下にPCIが 施行された 307 例の ACS 症例をピタバスタチン4 mg ま たはアトルバスタチン 20 mg 投与の 2 群に割り付け, 8~ 12カ月後のフォローアップ時に非責任病変のプラーク容 積の変化率を grav-scale-IVUS にて検討している¹⁶⁾.本報 告では解析が可能であった 252 例においては、両群とも に著明なプラーク退縮(-16.9±13.9% vs -18.1±14.2%, p=0.5), および陰性リモデリング(-5.9±11.8 mm³ vs -6.2±11.1 mm³, p=0.8)を認めた. しかし糖尿病合併患者 におけるサブ解析では,非糖尿病合併例と同程度まで LDL コレステロール値を低下させているにもかかわらず プラーク退縮率が低かった(-12.8±14.4% vs -19.4±13.4%. p<0.001). また, 糖尿病合併例では LDL コレステロール 低下率とプラーク退縮率は正の相関を示しており、非糖 尿病合併例では相関関係を認めないことから、糖尿病合 併例ではより厳密な脂質管理が重要であることが明らか となった¹⁷⁾. さらに、本研究におけるプラーク退縮群と 進展群で心血管イベント発症を調査するExtended JAPAN-ACS が現在進行中であり、grav-scale IVUS を用 いた冠動脈プラーク容積評価法の予後予測における期待 が高まっている.

しかし, gray-scale IVUS によるプラーク組織性状の定 量評価は困難であるため,超音波の radiofrequency(RF) 信号を種々の数学的手法を用いて解析した結果をカラー マッピングして,これらの組織を描出する血管内超音波 カラー表示法が登場してきている.

Integrated backscatter-IVUS(IB-IVUS)は、超音波の反 射エネルギーを解析する方法である。超音波のRF 信号を デジタルサンプリングし、Fourier 変換により IB 値が計 算され、最終的に4つの色でプラークを表示するもので ある。1)lipid pool(青)、2)fibrosis(黄)、3)dense fibrosis (黄緑)、4)calcification(赤)に分類されるが、青色で示さ れる lipid pool が多いほど、不安定な病変であると報告さ れており、IB-IVUS で脆弱性プラークの検出が可能であ ると考えられている¹⁸⁾. スタチン治療が ACS の非責任病 変に及ぼす効果を IB-IVUS を用いて検討した ELAN 試験 では、6カ月後におけるプラーク容積の有意な減少を認 め、その退縮成分は主にlipid(青色)であったことが報告 されている¹⁹⁾. IB-IVUSの限界点としては、超音波を用 いるため石灰化病変の後方が評価できないことや、後方 散乱波は入射角度が垂直に近いほどエネルギーが高くな るため、同一物質内でも超音波の入射角度によって IB 値 が異なること、新生内膜と lipid poolの IB 値が類似して いることなどが挙げられる. しかし、表示アルゴリズム がシンプルかつオープンなため、診断そのものを検証す ることが可能であり IVUS を用いた組織性状の定量評価 を行う際、現在最も優れた方法であると考えられる.

Virtual histologyTM-IVUS(VH-IVUS)は, IVUS から得 られた周波数信号を未処理のままスペクトル解析するこ とにより、 プラークの組織性状の生体内評価を可能とし た市販ベースのシステムである. このシステムでは自己 回帰性数理モデルにより周波数スペクトルを算定し、そ れにより得られた8種類のスペクトルパラメーターを用 いて、組織分類ツリーに基づき、プラーク性状を、1) fibrous(緑), 2)fibro-fatty(黄緑), 3)dense calcium(白), 4) necrotic core(赤)の4タイプに分類し客観的にカラー マッピング表示するものである. 冠動脈病変の ex vivo で の検討で、プラークの4つの組織タイプの同定において 79.7~92.8%の予測的中率を示すことが報告され²⁰⁾, in vivoの検討においても 87.1~96.5%の陽性的中率であった と報告されている²¹⁾. また VH-IVUS において、薄い線維 性被膜を有する不安定プラーク(VH-IVUS derived thincapped fibroatheroma; VH-TCHA)の評価も可能であり, その定義は、アテローム容積率(percent atheroma volume; PAV)が40%以上,かつ necrotic core(赤色シグナ ル)が10%以上であり、かつ内腔に接しており、さらにそ のイメージが3断面以上で観察されるものとされ(図2), その発現頻度は ACS 患者で安定狭心症患者よりも高率で あったと報告されている. また, 最近 Kubo らは VH-IVUSを用いて、非責任病変に認められた VH-TCFAの ほとんどが12カ月の観察期間中に安定化していることを 報告した. さらに、安定プラークの中にも VH-TCFA へ 変化しているものが認められており、プラークの組織性 状は短期間に変化し得るものであると考えられる²²⁾. PROSPECT 試験²³⁾では、ACS を発症し PCI を施行した 患者において3年の追跡期間内に合計20.4%に心血管イ ベントが認められている. その心血管イベントは当初の 責任病変(12.9%)と非責任病変(11.6%)で同等に発症し、 イベントに関連していた非責任病変は、急性期CAGにお いては軽度の狭窄であったものがほとんどであった. 一 方で、IVUSでの観察では、プラーク量が多く(plaque burden >70%). 内腔面積が小さく(minimal lumen area <4.0 mm²), VH-TCFA を有するプラークがより多くイベ ントと関連していた.これらの研究からも、ACS 発症に はCAG上の狭窄よりも、プラークの性状が関与している ことが示唆される. VH-IVUSは、現在の分類ツリーでは



図 2 VH-TCFA の代表例

40%以上の percent atheroma volume(PAV)を認め, necrotic core(赤)が10%以上を占めている. また, その necrotic core が血管内腔と接していることより, virtual histology-IVUS derived thin-capped fibroatheroma(VH-TCFA)と診断される.

血栓の同定がなされないなど、いくつかの問題は認める ものの、組織性状診断法の一つの指標となり得るものと 考えられる.

V. 光干涉断層法(optical coherence tomography; OCT)

OCT は約 1300 nm 波長の近赤外線を用い. 光の干渉性 を利用して生体組織から多重散乱した光波を高感度に検出 することにより、生体の断層画像を描出する新しい冠動脈 イメージング法である. OCT の最大の特徴は約10 μm と IVUSの約10倍の高い画像分解能を有することである. OCT はその高い空間分解能により、動脈硬化進展の各段 階におけるプラーク形態を描出できる可能性をもってい る.まず健常冠動脈においては IVUS では分離が困難で ある内膜・中膜、外膜の3層構造を明瞭に描出できる(図 3A). 冠動脈プラーク形成初期には内膜肥厚が起こり、中 期には内膜肥厚部分に細胞外基質が蓄積し始める(pathological intimal thickening; PIT). OCT では、この現象を 3層構造の一部崩壊とその後方における OCT シグナルの 減衰として観察できる(図 3B). 冠動脈プラーク形成進行 期には壊死性コア(necrotic core)が平滑筋細胞で形成され た線維性被膜で覆われるようになり、病理組織学的には fibrous cap atheroma と呼ばれる. OCT を用いるとこの 線維性被膜の厚さを計測することが可能であり、厚さが 65 µm 未満のプラークは thin-capped fibroatheroma (TCFA)と呼ばれ、破裂の危険性を有する脆弱性プラー クとして広く認識されている(図 3C). しかし、OCT を 用いて ACS これらの症例の責任病変における fibrous cap の厚さを計測した検討では、150 µm 程度までは破裂しう る可能性が指摘されている24).動脈硬化の進展には、新 生血管と思われる微小管腔構造(マイクロチャンネル)の 増生が関与しているが、OCT はこの新生血管を明瞭に描 出することができる(図 3D). 最近, 冠動脈疾患患者にお いて、OCT で確認されたプラークにおけるマイクロチャ ンネルの数がプラークの脆弱性と関連している可能性が 報告されている²⁵⁾.また、ACSの責任病変をOCT で観 察すると、プラーク破裂や血栓・表在性石灰化を明瞭に観 察することが可能である²⁶⁾(図 3、E-H).さらに、スタチ ンなどの薬物療法によるプラーク安定化の機序解明にも OCT が用いられている.

このように OCT は他に類をみない高解像度を有する一 方,近赤外線の血管壁への深達距離は約2 mm と浅いた め,冠動脈の全体像の把握が難しく,径の大きな血管病変 や冠動脈の陽性リモデリング,冠動脈瘤などの評価には不 向きである.また,赤血球が近赤外線に干渉するため,専 用のバルーンカテーテルよる血流遮断と乳酸リンゲル液等 の注入による赤血球除去(フラッシュ)が必要となる.これ に対し次世代型 OCT (Frequency-Domain OCT)は,IVUS と同じくモノレール形式で使用可能であり,frame rateの 向上により画像収集時間の短縮(20 mm/sec)を可能とし た.このため,短時間(3-4 秒)の血流遮断の間に高い解像 度を維持しながら長い冠動脈セグメント(約5 cm)の画像 収集が可能であり,今後の臨床応用が期待される.

VI. 血管内視鏡

血管内視鏡は,消化管や気管支など他の分野で使用さ れている内視鏡と同様に,光ファイバー技術を利用して 対象物の表面に光を当てイメージファイバーを介して画 像をモニターに映し出すことで血管内腔の映像を得る装 置であり,体外から肉眼的に血管内腔面を観察すること が可能な唯一の画像診断装置である.

正常な冠動脈内膜は白色であり、プラークは正常内膜 とは異なり一部内腔に隆起した構造物と定義され、色調 により白色プラークと黄色プラークに大別される. 血管 内視鏡を用いて ACS の責任病変を観察した検討では、破 綻した複雑な黄色プラークと血栓形成所見を高頻度に認 めることから、黄色調が強いことは脆弱性の一つの特徴 であると考えられている²⁷⁾. 最近の OCT との併用による 検討では、黄色調の強いプラークほど線維性被膜厚が薄 いことが示されており²⁸⁾(図 4),また複数の黄色プラーク を認める症例では心血管イベントが有意に高率であると いう結果²⁹⁾から、血管内視鏡を用いることで脆弱性プ ラークを識別することが可能と考えられる. さらにスタ チン治療によるプラーク退縮を、IVUS と血管内視鏡で経 時的に評価した前向き試験であるTWINS試験と TOGETHAR 試験の結果によると. IVUS によるプラーク 容積の減少は徐々に継続的に進行するが、血管内視鏡に よる黄色調の退色は早期に完了しそれ以上の変化は認め られないことが報告されている^{30,31)}.これらの結果か ら、血管内視鏡で認識されるプラークの色調の変化がそ



図3 冠動脈病変の進行過程

A) 健常冠動脈像では血管壁の3層構造(内膜・中膜・外膜)が明瞭に描出される.

B) Pathologic intimal thickning: 8時から10時の位置で3層構造が崩れ、内膜肥厚が認められる.

C) Thin-capped fibroatheroma:4時から11時の位置に40 µmの薄い線維性被膜(矢印)で覆われる lipid-rich plaque を認め、OCT 上 TCFA と診断される.

D)新生血管:10時から11時の位置では新生血管(矢印)の増生を認める.

E) Plaque rupture: 2時の位置に断裂した線維性被膜(厚さ40 μm)を認め(矢印),奥には潰瘍底(*)が認められる.

F)白色血栓:血管内膜の表層から内腔へ突出する mass を認める.後方への OCT シグナル減衰は軽微であり、白色血栓と考えられる.

G)赤色血栓:血管内膜の表層から内腔へ突出する mass を認める.後方への著しい OCT シグナル減衰を認め、赤色血栓と考えられる。

H)表在性石灰化:石灰化病変は周囲との境界が明瞭な低輝度領域として描出される.

Lipid:脂質成分, W-Th:白色血栓, R-Th:赤色血栓, Calc:石灰化



図4 冠動脈プラークの色調と線維性被膜の関係 血管内視鏡で白色を呈するプラーク(A)は線維性被膜が 厚い(B). 逆に黄色調の強いプラーク(C)ほど線維性被 膜が薄く(D), 黄色調の強いプラークはvulnerable plaque と考えられる. の構成成分の質的変化によるプラーク安定化を示してい る可能性がある.

VII. おわりに

薬剤溶出性ステントの登場により再狭窄率が劇的に減 少し、安定した冠動脈疾患に対する治療がほぼ確立され た現在、いかにACSを予防するかが重要視されるように なっている.不安定プラークの同定には正確なプラーク の組織性状を評価できる画像診断法が必要であり、日常 診療においては、種々の侵襲的・非侵襲的画像診断装置を 組み合わせて評価していくことが必要であると考えられ る.現在、3D 画像構築による virtual imaging が各種診断 法において開発途上であり、完成すれば冠動脈内腔の立 体構造を描出することで不安定プラークの発生機序を解 明できる可能性がある.また、画像診断装置の進歩とナ ノテクノロジーの進展を背景に、分子イメージングの開 発が進んでおり、不安定プラークの質的評価が可能とな れば、プラーク破綻を未然に防ぐ積極的内科治療が展開 できる可能性があり、今後の臨床応用が期待されている.

文 献

- 1) Little WC, Constantinescu M, Applegate RJ, Kutcher MA, Burrows MT, Kahl FR, Santamore WP: Can coronary angiography predict the site of a subsequent myocardial infarction in patients with mid-to-moderate coronary artery disease? Circulation 1988; **78**: 1157–1166
- 2) Schroeder S, Kopp AF, Baumbach A, Meisner C, Kuettner A, Georg C, Ohnesorge B, Herdeg C, Claussen CD, Karsch KR: Noninvasive detection and evaluation of atherosclerotic coronary plaques with multislice computed tomography. J Am Coll Cardiol 2001; **37**: 1430–1435
- 3) Inoue F, Sato Y, Matsumoto N, Tani S, Uchiyama T: Evaluation of lpaque texture by means of multislice computed tomography in patients with acute coronary syndrome and stable angina. Circ J 2004; 68: 840–844
- 4) Imazeki T, Sato Y, Inoue F, Anazawa T, Tani S, Matsumoto N, Takayama T, Uchiyama T, Saito S: Evaluation of coronary artery remodeling in patients with acute coronary syndrome and stable angina by multislicecomputed tomography. Circ J 2004; 68: 1045–1050
- 5) Kitagawa T, Yamamoto H, Horiguchi J, Ohhashi N, Tadehara F, Shokawa T, Dohi Y, Kunita E, Utsunomiya H, Kohno N, Kihara Y: Characterization of noncalcified coronary plaques and identification of culprit lesions in patients with acute coronary syndrome by 64-slice computed tomography. J Am Coll Cardiol Img 2009; 2: 153–160
- 6) Hoffmann U, Moselewski F, Nieman K, Jang IK, Ferencik M, Rahman AM, Cury RC, Abbara S, Joneidi-Jafari H, Achenbach S, Brady TJ: Noninvasive assessment of plaque morphology and composition in culprit and stable lesions in acute coronary and stable lesions in stable angina by multidetector computed tomography. J Am Coll Cardiol 2006; 47: 1655–1662
- 7) Tanaka A, Shimada K, Yoshida K, Jissyo S, Tanaka H,

Sakamoto M, Matsuba K, Imanishi T, Akasaka T, Yoshikawa J: Non-invasive assessment of plaque rupture by 64-slice multidetector computed tomography—comparison with intravascular ultrasound. Circ J 2008; **72**: 1276– 1281

- 8) Kashiwagi M, Tanaka A, Kitabata H, Tsujioka H, Kataiwa H, Komukai K, Tanimoto T, Takemoto K, Takarada S, Kubo T, Hirata K, Nakamura N, Mizukoshi M, Imanishi T, Akasaka T: Feasibility of noninvasive assessment of thincap fibroatheroma by multidetector computed tomography. J Am Coll Cardiol Img 2009; 2: 1412–1419
- 9) Pouleur AC, le Polain de Waroux JB, Kefer J, Pasquet A, Vanoverschelde JL, Gerber BL: Direct comparison of whole-heart navigator-gated MRA and 40- and 64-slice multidetector row computed tomography to detect the coronary artery stenosis in patients scheduled for conventional coronary angiography. Circ Cardiovasc Imaging 2008; 1: 114-121
- 10) Nagata M, Kato S, Kitagawa K, Ishida N, Nakajima H, Nakamori S, Ishida M, Miyahara M, Ito M, Sakuma H: Diagnostic accuracy of 1.5-T unenhanced whole-heart coronary MR angiography performeded with 32-channel crdiac coils: initial single-center experience. Radiology 2011; 259: 384–392
- Phinikaridou A, Ruberg FL, Hallock RK, Qiao Y, Hua N, Viereck J, Hamilton JA: In vivo detection of vulnerable atherosclerotic plaque by MRI in a rabbit model. Circulation Img 2010; 3: 323–332
- 12) Kim WY, Astrup AS, Stuber M, Tarnow L, Falk E, Botnar RM, Simonsen C, Pietraszek L, Hansen PR, Manning WJ, Andersen NT, Parving HH: Subclinical coronary artery and aortic atherosclerosis detected by MRI in type 1 diabetes with and without nephropathy. Circulation 2007; 115: 228–235
- 13) Korosoglou G, Weiss RG, Kedziorek DA, Walczak P, Gilson WD, Schär M, Sosnovik DE, Kraitchman DL, Boston RC, Bulte JW, Weissleder R, Stuber M: Noninvasive detection of macrophage-rich atherosclerotic plaque in hyperlipidemic rabbits using "positive contrast" magnetic resonance imaging. J Am Coll Cardiol 2008; **52**: 483–491
- 14) Morishige K, Kacher DF, Libby P, Josephson L, Ganz P, Weissleder R, Aikawa M: High resolution magnetic resonance imaging enhanced with superparamagnetic nanoparticles measuresmacrophage burden in atherosclerosis. Circulation 2010; **122**: 1707–1715
- 15) Kotani J, Mintz GS, Castagna MT, Pinnow E, Berzingi CO, Bui AB, Pichard AD, Satler LF, Suddath WO, Waksman R, Laird JR Jr, Kent KM, Weissman NJ: Intravascular ultrasound analysis of infarct-related and non-infarctrelated arteries in patients who presented with an acute myocardial infarction. Circulation 2003; 107: 2889–2893
- 16) Hiro T, Kimura T, Morimoto T, Miyauchi K, Nakagawa Y, Yamagishi M, Ozaki Y, Kimura K, Saito S, Yamaguchi T, Daida H, Matsuzaki M: Effect of intensive statin therapy on regression of coronary atherosclerosis in patients with acute coronary syndrome: a multicenter randomized trial evaluated by volumetric intravascular ultrasound using pitavastatin versus atorvastatin (JAPAN-ACS [Japan assessment of pitavastatin and atorvastatin in acute coronary syndrome] study). J Am Coll Cardiol 2009; 54; 293–302

- 17) Hiro T, Kimura T, Morimoto T, Miyauchi K, Nakagawa Y, Yamagishi M, Ozaki Y, Kimura K, Saito S, Yamaguchi T, Daida H, Matsuzaki M; JAPAN-ACS Investigators: Diabetes mellitus is a major negative determinant of coronary plaque regression during statin therapy in patients with acute coronary syndrome-serial intravascular ultrasound observations from the Japan Assessment of Pitavastatin and Atorvastatin in Acute Coronary Syndrome Trial (the JAPAN-ACS Trial). Circ J 2010; **74**: 1165–1174
- 18) Sano K, Kawasaki M, Ishihara Y, Okubo M, Tsuchiya K, Nishigaki K, Zhou X, Minatoguchi S, Fujita H, Fujiwara H: Assessment of vulnerable plaques causing acute coronary syndrome using integrated backscatter intravascular ultrasound. J Am Coll Cardiol 2006; 47: 734–741
- 19) Otagiri K, Tsutsui H, Kumazaki S, Miyashita Y, Aizawa K, Koshikawa M, Kasai H, Izawa A, Tomita T, Koyama J, Ikeda U: Early intervention with rosuvastatin decreases the lipid components of the plaque in acute coronary syndrome: analysis using integrated backscatter IVUS (ELAN study). Circ J 2011; **75**: 633-641
- 20) Nair A, Kuban BD, Tuzcu EM, Schoenhagen P, Nissen SE, Vince DG: Coronary plaque classification with intravascular ultrasound radiofrequency data analysis. Circulation 2002; 106: 2200–2206
- 21) Nasu K, Tsuchikane E, Katoh O, Vince DG, Virmani R, Surmely JF, Murata A, Takeda Y, Ito T, Ehara M, Matsubara T, Terashima M, Suzuki T: Accuracy of in vivo coronary plaque morphology assessment: a validation study of in vivo virtual histology compared with in vitro histopathology. J Am Coll Cardiol 2006; 47: 2405– 2412
- 22) Kubo T, Maehara A, Mintz GS, Doi H, Tsujita K, Choi SY, Katoh O, Nasu K, Koenig A, Pieper M, Rogers JH, Wijns W, Böse D, Margolis MP, Moses JW, Stone GW, Leon MB: The dynamic nature of coronary artery lesion morphology assessed by serial virtual histology intravascular ultrasound tissue characterization. J Am Coll Cardiol 2010; 55: 1590–1597
- 23) Stone GW, Maehara A, Lansky AJ, de Bruyne B, Cristea E, Mintz GS, Mehran R, McPherson J, Farhat N, Marso SP, Parise H, Templin B, White R, Zhang Z, Serruys PW: A prospective natural-history study of coronary atherosclerosis. N Engl J Med 2011; 364: 226–235
- 24) Tanaka A, Imanishi T, Kitabata H, Kubo T, Takarada S, Tanimoto T, Kuroi A, Tsujioka H, Ikejima H, Ueno S,

Kataiwa H, Okouchi K, Kashiwagi M, Matsumoto H, Takemoto K, Nakamura N, Hirata K, Mizukoshi M, Akasaka T: Morphology of exersion-triggered plaque rupture in patients with acute coronary syndrome: an optical coherence tomography study. Circulation 2008; **118**: 2368–2373

- (25) Kitabata H, Tanaka A, Kubo T, Takarada S, Kashiwagi M, Tsujioka H, Ikejima H, Kuroi A, Kataiwa H, Ishibashi K, Komukai K, Tanimoto T, Ino Y, Hirata K, Nakamura N, Mizukoshi M, Imanishi T, Akasaka T: Relation of microchannel structure identified by optical coherence tomography to plaque vulnerability in patients with coronary artery disease. Am J Cardiol 2010; **105**: 1673–1678
- 26) Kubo T, Imanishi T, Takarada S, Kuroi A, Ueno S, Yamano T, Tanimoto T, Matsuo Y, Masho T, Kitabata H, Tsuda K, Tomobuchi Y, Akasaka T: Assessment of culprit lesion morphology in acute myocardial infarction: ability of optical coherence tomography compared with intravascular ultrasound and coronary angioscopy. J Am Coll Cardiol 2007; 50: 933–939
- 27) Ueda Y, Ohtani T, Shimizu M, Hirayama A, Kodama K: Assessment of plaque vulnerability by angioscopic classification of plaque color. Am Heart J 2004; 148: 333–335
- 28) Kubo T, Imanishi T, Takarada S, Kuroi A, Ueno S, Yamano T, Tanimoto T, Matsuo Y, Masho T, Kitabata H, Tanaka A, Nakamura N, Mizukoshi M, Tomobuchi Y, Akasaka T: Implication of plaque color classification for assessing plaque vulnerability: a coronary angioscopy and optical coherence tomography investigation. J Am Coll Cardiol Intv 2008; 1: 74–80
- 29) Ohtani T, Ueda Y, Mizote I, Oyabu J, Okada K, Hirayama A, Kodama K: Number of yellow plaques detected in a coronary artery is associated with future risk of acute coronary syndrome: detection of vulnerable patients by angioscopy. J Am Coll Cardiol 2006; 47: 2194–2200
- 30) Hirayama A, Saito S, Ueda Y, Takayama T, Honye J, Komatsu S, Yamaguchi O, Li Y, Yajima J, Nanto S, Takazawa K, Kodama K: Qualitative and quantitative changes in coronary plaque associated with atorvastatin therapy. Circ J 2009; **73**: 718–725
- 31) Kodama K, Komatsu S, Ueda Y, Takayama T, Yajima J, Nanto S, Matsuoka H, Saito S, Hirayama A: Stabilization and regression of coronary plaques treated with pitavastatin proven by angioscopy and intravascular ultrasound—the TOGETHAR trial. Circ J 2010; 74: 1922–1928