ノート

# T1強調画像を用いた頸動脈プラーク評価: 撮像装置・条件が与える信号強度比への影響

中 孝  $\chi^1$ , 高橋  $\Re$   $\pm^2$ , 秦 博  $\chi^3$ , 竹田幸太郎<sup>4</sup>

<sup>1</sup>社会医療法人財団石心会川崎幸病院放射線科,
<sup>2</sup>国家公務員共済組合連合会横浜栄共済病院放射線科,
<sup>3</sup>北里大学病院放射線科,
<sup>4</sup>IMS(イムス)グループ横浜新都市脳神経外科病院画像診療部

#### 緒 言

近年, magnetic resonance imaging (MRI) における頸動脈プラークの性状評価が盛んに行 われている.特に T<sub>1</sub>-weighted image (T<sub>1</sub>WI) において高信号を示す頸動脈プラークは内部に 比較的新しい出血や脂質を含んでおり,脳虚血 性合併症を高頻度に引き起こす重大なリスク ファクターの一つであることが知られてい る<sup>1)~4)</sup>.

頸動脈プラークの性状評価には胸鎖乳突筋と の信号強度の比, signal intensity ratio (SIR) を用い,病理と対比している施設が多 い<sup>4)~10)</sup>.しかし,頸動脈プラーク描出に用い られる T<sub>1</sub>WI 撮像法は, inversion recovery (IR)併用 3-dimensional (3D) gradient echo (GRE)法, 2-dimensional (2D) または 3D spin echo (SE)系シーケンスなど様々な撮像 法が用いられている<sup>5),6),11)~17)</sup>.また各施設に おいて,用いられている装置やコイルも様々で ある.以上より,SIR は施設間で異なっている 可能性があると考えられる.今回我々は,多施 設で実際に用いられているプラーク撮像法を同 ーファントムで評価し,どの程度の差があるの か比較検討した.得られた結果より,今後の方 向性,検討課題を考察したのでここに報告す る.

#### 方 法

1. 使用機器と撮像条件

使用機器は異なる施設に設置された3メー カー4機種,使用コイルは各施設で実際の頸 動脈プラーク検査で使用している受信コイルを 使用した.使用した装置は以下のとおりであ る.

施設 A : General Electric (GE) Healthcare 社 製 Signa HDxt 1.5T/Head Neck Spine コイ ル,

施設 B: Siemens 社製 MAGNETOM Avanto 1.5T/Head+Neck Matrix コイル,

施設 C: Siemens 社製 MAGNETOM Symphony 1.5T/CP-Head+Neck Array コイル, 施 設 D: Philips 社製 Ingenia 1.5T/ds Head Neck Spine コイル,

以上の装置を使用し,各施設において実際の 頸動脈プラーク検査で用いられている8通り のT<sub>1</sub>WIにて検討した.

 $+- \nabla - k$  carotid plaque, T<sub>1</sub>WI, SIR, multi center study

	施設 A			施設 B 施		殳 C	施	設 D
Imaging parameter	GE			Siemens (Avanto)	Siemens (Symphony)		Philips	
	3D CUBE	3D IR-FSPGR	2D FSE	3D SPACE	3D MPRAGE	2D TSE	3D VISTA	2D TSE Multi Vane
TR/TE (ms)	550/10.0	12.3/6.0	500/12.9	450/12	1300/2.3	500/11	500/15	400/17
FOV (cm)	$26 \times 26$	$26 \times 26$	$16 \times 16$	$25 \times 25$	$24 \times 24$	$15 \times 15$	$18 \times 26$	$26 \times 26$
Matrix (frequency ×phase)	$256 \times 256$	$384 \times 224$	$288 \times 192$	$256 \times 246$	$256 \times 256$	$320 \times 256$	$168 \times 249$	$276 \times 276$
Slice thickness (mm)	1.2	1.2	3	1.2	1.25	3	1.2	4
ETL	28	_	2	45	_	5	25	4
TI		800		—	570		—	_
NEX	1	3	3	1	1	4	2	2
Parallel imaging factor	2.0	2.0	—	2.0	2.0	—	2.0	_
Uniformity	PURE	PURE	PURE	Prescan Normalize Filter	Normalize Filter	Normalize Filter	CLEAR	CLEAR

頸動脈プラーク MRI 検査の現状把握

Table 1. Vendor and scan parameters of each institution

Table 2. T<sub>1</sub> value and T<sub>2</sub> value of each phantom

Component	$T_1 \ value \ (ms)$	$T_2 \ value \ (ms)$	
Hemorrhagic plaque phantom	406	161	
Muscle phantom	819	434	
Blood vessel wall phantom	972	620	

使用した各施設・装置の撮像法,撮像条件を Table 1 に示す. なお, CUBE, sampling perfection with application optimized contrasts using different flip angle evolutions (SPACE), volume isotropic T<sub>2</sub>WI acquisition (VISTA), fast spin echo (FSE), turbo spin echo (TSE), TSE Multi Vane は SE 系シーケンスであり, inversion recovery-fast spoiled gradient echo (IR-FSPGR), magnetization prepared rapid acquisition with gradient echo (MPRAGE) は GRE 系シーケンスである.

また, 脂肪抑制法は併用せず, 3D-IR FSPGR と 2D FSE で通常使用している iterative decomposition of water and fat with echo asymmetry and least-squares estimation (IDEAL) は計算画像であるため, SIR の測定 に不向きであると考え, IDEAL を想定した加 算回数および実効 TE を設定した.

2. 使用ファントム

使用ファントムは T<sub>1</sub>値の異なる希釈 gadolinium (Gd) 水溶液を用いた.各ファン トムのT<sub>1</sub>値は出血性プラーク,筋肉,血管壁 を想定した<sup>16)~18)</sup>.各希釈 Gd 水溶液のT<sub>1</sub>値お よびT<sub>2</sub>値をTable 2 に示す.

ただし本検討は T1コントラストの検討であ るため,ファントムの T2値については留意し

2013年12月7日受理 2014年6月20日改訂

別刷請求先 〒212-0014 神奈川県川崎市幸区大宮町 31-27 石心会川崎幸病院放射線科 中 孝文

ていない. これらの希釈 Gd 水溶液は円筒形容 器に封入したものをポリエチレン容器内に配置 し,周囲は高分子ポリマーにて固定した(Fig. 1).また,ファントムは頸部に相当する位置 に配置した.

 3. 頸動脈プラークルーチン撮像における SIR の比較

各施設・装置の頸動脈プラーク検査において 通常使用している T<sub>1</sub>WI の撮像法および撮像 条件を用いてファントムの撮像を2回ずつ行 い,得られた各ファントムの信号強度を測定し た.ファントムは撮像位置に設置してから10 分後より撮像を行い,室温は24度に設定し た.撮像と撮像の間は1分間のインターバル とした.

 出血性プラークファントムと筋肉ファント ムによる SIR の比較

得られた信号強度より, 頸動脈プラークルー チン撮像法における出血性プラークファントム (: P) と筋肉ファントム(: M) の SIR を算出 し装置メーカー・機種・コイルの違いによる影 響を比較検討した.



Fig. 1. Phantom used in this study. A–C correspond to the Blood vessel wall, Muscle, Hemorrhagic plaque, respectively.

なお, P と M との SIR は, Sp を P の ROI 内の平均信号値, Sm を M の ROI 内の平均信 号値として次式にて算出した<sup>5),7),8)</sup>.

SIR = Sp/Sm

 2)出血性プラークファントムと血管壁ファン トムによる SIR の比較

得られた信号強度より, 頸動脈プラークルー チン撮像法における P と血管壁ファントム(: V)の SIR を算出し装置メーカー・機種・コイ ルの違いによる影響を比較検討した.

なお, P と V との SIR は, Sp を P の ROI 内の平均信号値, Sv を V の ROI 内の平均信 号値として次式にて算出した<sup>5),7),8)</sup>.

SIR = Sp/Sv

#### 結 果

出血性プラークファントムと筋肉ファントムによる SIR の比較

Fig. 2 より装置や撮像法の違いにより相違が 認められ, 3D MPRAGE が最も高い SIR を呈 し, 2D TSE が最も低い SIR を呈した. 両者 の SIR を比較すると 2D TSE は 3D MPRAGE に対し,約45%の低下を認めた.

 出血性プラークファントムと血管壁ファン トムによる SIR の比較

Fig. 3 より装置や撮像法の違いにより相違が 認められ, 3D MPRAGE が最も高く, 2D TSE が最も低い SIR を呈した. 両者の SIR を 比較すると 2D TSE は 3D MPRAGE に対し, 約 56%の低下を認めた.

#### 考 察

Saito らの検討では<sup>10</sup>,同一装置を用い撮像 法を変化させ,実際の患者において頸動脈プ ラークの性状評価を試みている.出血を伴う不 安定プラークは 3D MPRAGE で最も高い SIR を有しており,今回のファントム実験と同じ傾



Fig. 2. SIR of the hemorrhagic plaque and muscle in the routine sequence of each institution.



Fig. 3. SIR of the hemorrhagic plaque and blood vessel wall in the routine sequence of each institution.

向を示していた. また, conventional SE 法が 頸動脈プラークの性状評価に有用であるとの結 論であった.しかし, conventional SE 法は black blood 効果が弱く疑病変や過小評価を招 く恐れが有ることから、今回の検討において conventional SE 法を用いている施設は存在し なかった. したがって conventional SE 法を用 いた比較検討はできない.しかし,全施設で 2D 高速 SE 法を用いており,そのうち 2 施設 で同一TR を用いていたが、SIR の相違が認め られた. これは Echo train length (ETL) な どの違いによる影響が原因と考えられる. さら に, k 空間の充填方法が異なる高速 SE 法と比 較しても SIR の相違が認められた. 以上よ り、同一撮像法を用いても、TR 以外の撮像条 件,k空間充填方法の違いなどが原因で施設間 において SIR は相違する可能性が考えられ る. また, 今回の検討では3装置メーカーの 可変 flip angle (FA) を用いた 3D 高速 SE 法 の SIR を得ることができた. Table 1 に示すよ

うに、それぞれ異なる TR (CUBE: 550 ms, SPACE: 450 ms, VISTA: 500 ms) で撮像さ れていたため、直接の比較は困難であるが、 TR が CUBE>VISTA>SPACE の順に長い設 定であったのに対し、SIR は CUBE>SPACE >VISTA であった. これは TR の変化の影響 に加えて、ETL や可変 FA パターンの違いが 複雑に絡み合って SIR に影響を及ぼしている ことが考えられる.

すべての装置でファントムは実際の臨床を想 定して頸部に相当する位置に配置したが,実際 の頚動脈の位置とファントムの位置は若干異 なっていると想定される.しかし,すべての撮 像法において感度補償フィルタを用いたため, 頚動脈の位置とファントムの位置の相違におけ る SIR への影響は非常に小さいと推測され, 装置メーカー,機種,コイル,撮像シーケン ス,撮像条件などの影響により SIR は変化す ると考えられる.

頸動脈プラークの性状評価はプラークと胸鎖 乳突筋との SIR で評価することが一般的であ り<sup>4)~10)</sup>,撮像法や使用装置の違いによる SIR の相違は線維成分が主体である安定プラークと 出血成分が主体である不安定プラークとの鑑別 をする cut off 値に影響を及ぼす.さらに同一 撮像法であっても使用装置の違いにより変化す る可能性がある.したがって,現状では撮像法 や使用装置により施設ごとの cut off 値を設定 する必要があると考えられる.

PとVとのSIR も同様の傾向を示したこと から,胸鎖乳突筋と異なるT1値をもつ組織と のSIR を用いても,撮像法や使用装置および 使用コイルによりSIR が変化すると考えられ る.

#### 結 語

頸動脈プラークの性状評価として T<sub>1</sub>WI の 有用性が認められている.しかし, T<sub>1</sub>WI の撮 像法に対する基準は定まっていないのが現状で ある<sup>10)</sup>. そのため同じプラークであっても, 施設によってその性状評価が異なる可能性があ る. そこで同一ファントムを用い,各施設の実 際に使用している頸動脈プラーク検査のルーチ ン撮像法による比較を行った. 今回は統計学的 な検討は行っていないが,撮像法や使用装置, 使用コイルの違いにより異なる SIR が得られ ていることが分かった. 使用装置をすべての施 設で同一とするのは非現実的であるため,今後 はどの装置およびコイルで撮像を行っても同等 の SIR が得られるような撮像法,撮像条件の 検討,など標準化を検討していく必要がある.

### 文 献

- Murphy RE, Moody AR, Morgan PS, et al.: Prevalence of complicated carotid atheroma as detected by magnetic resonance direct thrombus imaging in patients with suspected carotid artery stenosis and previous acute cerebral ischemia. Circulation 2003; 107: 3053–3058
- 2) Cai JM, Hatsukami TS, Ferguson MS, Small R, Polissar NL, Yuan C: Classification of human carotid atherosclerotic lesions with *in vivo* multicontrast magnetic resonance imaging. Circulation 2002; 106: 1368–1373
- Tanaka N, Yuan C, Chu B, et al. : Presence of intraplaque hemorrhage stimulates progression of carotid atherosclerotic plaques: a high-resolution magnetic resonance imaging study. Circulation 2005; 111: 2768–2775
- 4) Yuan C, Mitsumori LM, Ferguson MS, et al. : *In vivo* accuracy of multispectral magnetic resonance imaging for identifying lipid rich necrotic cores and intraplaque hemorrhage in advanced human carotid plaques. Circulation 2001; 104 : 2051–2056
- 5) Yoshida K, Narumi O, Chin M, et al. : Characterization of carotid atherosclerosis and detection of soft plaque with use of black-blood MR imaging. AJNR Am J Neuroradiol 2008; 29: 868–874
- 6) Narumi S, Sasaki M, Ohba H, Ogasawara K, Hitomi J, Mori K, Ono A, Terayama Y : Altered carotid plaque signal among different repetition

times on  $T_1$ -weighted magnetic resonance plaque imaging with self-navigated radial-scan technique. Neuroradiology 2010; 52: 285–290

- 7) Yamada K, Yoshimura S, Kawasaki M, Enomoto Y, Asano T, Hara A, Minatoguchi S, Iwama T : Embolic complications after carotid artery stenting or carotid endarterectomy are associated with tissue characteristics of carotid plaques evaluated by magnetic resonance imaging. Atherosclerosis 2011; 215: 399–404
- 8) Akutsu N, Hosoda K, Fujita A, Kohmura E : A preliminary prediction model with MR plaque imaging to estimate risk for new ischemic brain lesions on diffusion-weighted imaging after endarterectomy or stenting in patients with carotid stenosis. AJNR Am J Neuroradiol 2012; 33: 1557–1564
- 9) 中村麻名美,真壁武司,手塚秀臣,三浦喬弘, 梅村琢磨,杉森博行,坂田元道:頸動脈プラー ク性状評価における k-space 充填法(Radial Scan)撮像条件の検討.日放技学誌 2013;69: 407-412
- 10) Saito A, Sasaki M, Ogasawara K, et al. : Carotid plaque signal differences among four kinds of T<sub>1</sub>weighted magnetic resonance imaging techniques: a histopathological correlation study. Neuroradiology 2012; 54: 1187–1194
- 11) Moody AR, Murphy RE, Morgan PS, et al.: Characterization of complicated carotid plaque with magnetic resonance direct thrombus imaging in patients with cerebral ischemia. Circulation 2003; 107:3047–3052
- 12) Yamada N, Higashi M, Otsubo R, et al. : Association between signal hyperintensity on T<sub>1</sub>weighted MR imaging of carotid plaques and ipsilateral ischemic events. AJNR AmJ Neuroradiol 2007; 28: 287–292
- 13) Fan Z, Zhang Z, Chung YC, et al. : Carotid arterial wall MRI at 3T using 3D variable-flip-angle turbo spin-echo (TSE) with flow-sensitive dephasing (FSD). J Magn Reson Imaging 2010; 31:645-654
- 14) Mihai G, Chung YC, Merchant A, Simonetti OP, Rajagopalan S : T<sub>1</sub>-weighted-SPACE dark blood whole body magnetic resonance angiography (DB-WBMRA) : initial experience. J Magn Res-

on Imaging 2010; 31: 502-509

- 15) Takaya N, Yuan C, Chu B, et al : Association between carotid plaque characteristics and subsequent ischemic cerebrovascular events: a prospective assessment with MRI initial results. Stroke 2006; 37: 818–823
- 16) 堀江朋彦,河方マミ,梶原 直,高野 隼,本 田真俊,室 伊三男,荻野徹男:PSIR-3D IR-T<sub>1</sub>TFE 法による頸動脈長軸 black blood imaging の描出改善. 日放技学誌 2011;67:888-894
- 17)浦田哲也弥,山本英孝,生田尚明,打越将人: 頸動脈プラーク MRI における 3D-TSE (SPACE法)の有用性.日放技学誌 2012;68: 871-879
- 18) Zhu DC, Ferguson MS, DeMarco JK: An optimized 3D inversion recovery prepared fast spoiled gradient recalled sequence for carotid plaque hemorrhage imaging at 3.0T. Magn Reson Imaging 2008; 26:1360–1366

## Characterization of Carotid Plaques using T<sub>1</sub>-weighted Imaging : Influence of Vendor and Scan Parameters on Signal Intensity Ratio

Takanori NAKA<sup>1</sup>, Mitsuyuki TAKAHASHI<sup>2</sup>, Hirofumi HATA<sup>3</sup>, Kohtarou TAKEDA<sup>4</sup>

<sup>1</sup>Department of Radiology, Sekishinkai Kawasaki Saiwai Hospital 31–27 Ohmiya-cho, Saiwaiku, Kawasaki, Kanagawa 212–0014 <sup>2</sup>Department of Radiology, Yokohama Sakae Kyohsai Hospital <sup>3</sup>Department of Radiology, Kitazato Univarsity <sup>4</sup>Department of Radiology, Yokohama Shintoshi Neurosurgery Hospital

Carotid artery plaque with high signal intensity on  $T_1$ -weighted image  $(T_1WI)$  is known to cause cerebral ischemic disease. However, the various sequences in  $T_1WI$  and difference in sequences utilized among institutions affect plaque evaluation. We investigated the influence of equipment maker and differences in sequences on the quality of plaque evaluation. At 3 institutions, we imaged a phantom using a 1.5-tesla magnetic resonance (MR) scanner used to produce routine sequences of  $T_1WI$ images at the given institution. We manually measured the signal intensity of each phantom calculated the signal intensity ratio (SIR) between plaque and muscle and plaque and blood vessel wall, and found differences in SIR in all sequences. That is, the SIR differed for each institution or the respective equipment used. Further evaluation is needed to determine the best imaging technique for visualizing intraplaque characteristics.