Silent MRAとFSE-MRIの3D融合画像による 脳動脈瘤コイル・クリップ治療後のネック・ドームの評価

医療法人社団 涼風会 佐藤脳神経外科 佐藤 透

はじめに

脳動脈瘤の治療には、血管内コイル塞栓術や開頭ネック・ク リップ術が行われ、良好な成績が報告されているが、治療後の 再発が少なからず認められる^{1.5)}。私達は、治療後評価に、silent MRA(Zero TE MRA)とheavily T2-weighted 3D fast spinecho MR cisternographic imaging(FSE-MRI)を使用し、ネッ ク、ドームの形態を可視化した³⁻⁵⁾。Silent MRAでは金属による 磁化率アーチファクトの影響を受け難く、コイルやクリップ後の ネックや母血管の形態が良好に描出された。また、FSE-MRIでは、 コイル後のネックやドームの形態、クリップ後のネック形態が詳 細に描出された。さらに、silent MRAとFSE-MRIそれぞれの3D 画像を重畳描画する3D融合画像を作成することで、コイル後の ネック・レムナントやクリップ後のレスト・ネックが明瞭に描出 された⁵⁾。本稿では、脳動脈瘤治療後の画像評価における、silent MRAとFSE-MRIの3D融合画像の有用性につき報告する。

対象と方法

2017年7月から2019年1月までに、コイルやクリップ治療後の破裂・未破裂脳動脈瘤34例(コイル後15例、クリップ後19例)の画像評価にTOF-MRA、silent MRA、FSE-MRIの3D融合画像を作成した(表)。

MRI撮影:TOF-MRA、silent MRA、FSE-MRIは、3-Tesla MRI(Signa Pioneer;GE Healthcare、Milwaukee、WI)を使用して 同時に連続して撮像した。TOF-MRAのスキャン・パラメータは、 TR/TE、25/3.4ms;フリップ角、20°;FOV、180×180mm;マトリッ クス、288×92;スライス厚、1.2mm;NEX、1;バンド幅、35.71kHz。 撮像時間5分41秒で、144枚の軸状断元画像が得られた。

Silent MRAのスキャン・パラメータは、TR/TE、880/0.016ms; フリップ角、5°;FOV、180×180mm;フリーケンシー、200;スポー ク、320;スライス厚、1.0mm;NEX、1.5;バンド幅、31.25kHz。撮 像時間12分48秒で、400枚の軸状断元画像が得られた。

FSE-MRIのスキャン・パラメータは、TR/TE、1900/100ms; FOV、180×180mm;マトリックス、356×256;スライス厚、1.2 mm;NEX、1;バンド幅、31.2kHz;echo-train length、128。撮像 時間5分53秒で、60枚の軸状断元画像が得られた。

画像再構成:ネックと母血管は、ワークステーション(Ziostation-

2;Ziosoft-AMIN)を使用して、TOF-MRAでは閾値400以上を、silent MRAでは閾値300以上のデータを選択し、遠近投影法で3D描出し た。FSE-MRIでは、閾値1200以下のデータを選択して、ネックと母 血管およびドームの形態を、脳実質・脳神経など瘤周囲構造物を含 めて3D画像表示した。TOF-MRA、silent MRA、FSE-MRIの3D融合 画像は、3D再構成した上記画像を重畳し、1枚の3D画像として表示 した。なお、3D融合画像1枚の画像再構成には、120秒を要した。

治療後画像評価:治療後の瘤形態は、TOF-MRA、silent MRA、 FSE-MRIそれぞれの元画像と3D再構成画像、3D融合画像で比較 し、ネックやドームや母血管の描出能を画像評価した。

表.コイル後(15例)とクリップ後(19例)脳動脈瘤の臨床・画像所見

Case	Sex	Location	Symptoms	Remnant size (mm)	Remnant Volume (mm ³)	Dome Size (mm)	Dome Volume (mm³)	Remnant/ Dome (%)	Results
1	F	AComA	Unrup'd	0	0.0	4.5x3.6x4.0	33.9	0.0	Complete
2	м	AComA	Unrup'd	2.0x2.0x1.8	3.8	4.8x3.9x4.8	47.1	8.0	Follow-up
3	м	AComA	Unrup'd	3.3x2.1x3.4	12.3	5.6x10.9x7.4	236.5	5.2	Follow-up
4	F	AComA	Unrup'd	5.6x5.5x5.7	91.9	13.9x14.0x17.8	1813.7	5.1	Follow-up
5	М	AComA	Unrup'd	1.0x1.9x2.3	2.3	2.8x3.0x2.7	11.9	19.3	Follow-up
6	F	AComA	Unrup'd	13.3x11.2x17.4	1605	17.6x18.29x22.1	5350.0	30.0	Follow-up
7	F	A2-A3	Unrup'd	0	0.0	3.7x4.1x4.5	35.7	0.0	Complete
8	F	Lt ICPC	Unrup'd	3.5x2.5x3.9	17.9	6.1x5.8x6.5	120.4	14.8	Retreat
9	М	IC Achor	Unrup'd	3.4x2.2x2.8	14.5	4.3x3.4x3.9	29.9	36.7	Follow-up
10	F	Lt MCA	SAH	3.2x2.8x3.1	14.5	19.9x2.8x11.4	332.6	4.4	Follow-up
11	F	Rt IC3	Unrup'd	0	0.0	11.1x7.9x5.0	2920.0	0.0	Complete
12	F	Lt IC-Opht	Unrup'd	0	0.0	3.5x3.3x4.4	81.3	0.0	Complete
13	F	BA-tip	Unrup'd	5.0x4.9x4.0	52.4	16.2x15.5x17.3	2274.5	2.3	Follow-up
14	F	BA-tip	SAH	4.0x3.0x1.3	8.2	4.5x5.2x7.9	80.2	6.9	Follow-up
15	F	BA-tip	Unrup'd	10.5x7.4x7.0	284.8	11.9x12.2x10.9	828.6	34.4	Retreat

Case	Sex	Location	Symptoms	Dome Size (mm) FSE-MRC	Rest-neck size (mm) Silent MRA	Result
16	F	AComA	Unrup'd	NA	2.5x1.2x2.4	Follow-up
17	F	AComA	Unrup'd	NA	none	Complete
18	F	Rt IC-PC	Unrup'd	NA	none	Complete
19	F	AComA	Unrup'd	NA	none	Complete
20	F	Lt IC-PC	Unrup'd	NA	none	Complete
21	F	AComA	Unrup'd	NA	none	Complete
22	F	Rt IC-OphA	Unrup'd	NA	2.6x3.6x2.9	Follow-up
23	F	Lt IC-OphA	Unrup'd	NA	none	Complete
24	F	Lt MCA	Unrup'd	NA	none	Complete
25	F	Rt MCA	Unrup'd	NA	none	Complete
26	F	AComA	Unrup'd	NA	none	Complete
27	м	Rt MCA	Unrup'd	NA	none	Complete
28	F	Rt MCA	Unrup'd	NA	0.4x0.6x0.4	Follow-up
29	F	Lt IC-AChoA	Unrup'd	NA	none	Complete
30	м	AComA	Unrup'd	NA	none	Complete
31	м	Rt IC-AChoA	SAH	NA	none	Complete
32	м	Rt IC-OphA	Unrup'd	NA	none	Complete
33	F	Rt MCA	Unrup'd	NA	none	Complete
34	F	I t IC-PC	Unrun'd	NA	2.2x2.8x3.3	Follow-up

コイル後のネック・レムナント、クリップ後のレスト・ネックはsilent MRAの元画像で計測。コイル後のドーム・サイズはFSE-MRIの元画像で計測。クリップ後のドーム・サイズは計測不能(NA)。

ネック・レムナントとドームおよびレスト・ネックのサイズとボ リュームの計測:コイル後のネック・レムナント、ドームおよびク リップ後のレスト・ネックのサイズは、TOF-MRA、silent MRA、 FSE-MRIの軸状断元画像、冠状断と矢状断の再構成画像を用いて 計測した。ネック・レムナント、ドーム、レスト・ネックのボリュー ムは、元画像にこれらのROIを設定し、連続画像でマスクし、元画 像のピクセル・サイズから計算されたボクセルのサイズとマスク 領域内のボクセル数との積算で算出した。

結果

コイル治療例:コイル後の15例においては、TOF-MRAでは、金属 による磁化率アーチファクトの影響で、全例において瘤ネック の描出は不鮮明であった。一方、silent MRAでは、磁化率アーチ ファクトの影響はほんど認められず、ネックの形態が、ネック・レ ムナントや母血管を含めて良好に描出された。また、FSE-MRIで は、ネック、母血管、塞栓後ドームの形態が、周囲脳実質や脳神経 を含めて明瞭に描出された。Silent MRAとFSE-MRIの3D融合画 像では、ネック・レムナントやドームなど、コイル後の瘤形態が、 周囲脳実質・脳神経を含めて1枚の3D画像に描出され、詳細に画 像評価することが可能であった(図1)。



図1. 症例14:60代、女性、破裂脳底動脈先端部動脈瘤(5.4×5.3×5.3mm)。A:FSE-MRI最小値投影(minimum intensity projection、MinIP)画像の軸状断:脳底動 脈先端部にコイル塞栓後の瘤ドームが描出されている。サークル内矢印(Encircled arrow)は以下の画像の観察視点を示す。B:TOF-MRA最大値投影(maximum intensity projection、MIP)画像の軸状断。C:Silent MRA MIP画像の軸状断。 D:TOF-MRAと silent MRAの3D融合画像:TOF-MRA(赤色)では瘤ネック部と脳底 動脈先端部に陰影欠損部が認められるが、silent MRA(緑色)では瘤ネック部が明瞭 に描出されている。E:3D TOF-MRA画像(赤色):瘤ネック部と脳底動脈先端部に陰影 欠損部(*、**)が認められる。F:3D silent MRA(緑色)では、瘤ネックの形態が、コイルに よる磁化率アーチファクトに影響されることなく、良好に描出されている。G:3D FSE-MRI画像(黄色):塞栓後の瘤ドーム、ネック、親血管と周囲脳実質との解剖学的位置関 係が明瞭に描出されている。H:TOF-MRAとFSE-MRIの3D融合画像。I:Silent MRA とFSE-MRIの3D融合画像:コイル後のネック部にネック・レムナントがわずかに認め られ、塞栓後ドームや周囲脳実質とともに、解剖学的関係が明瞭に可視化されている。 An-dome:脳動脈瘤ドーム、BA:脳底動脈、P1:後大脳動脈first segment。 クリップ治療例:クリップ後の19例においては、TOF-MRAでは、 金属による磁化率アーチファクトの影響で、全例でネック部の 描出は不明瞭であった。Silent MRAでは、磁化率アーチファクト の影響はほんど認められず、ネック形態がレスト・ネックや母血 管を含めて良好に描出された。また、FSE-MRIでは、ネック部は、 レスト・ネックや母血管、クリップや周囲構造物を含めて描出さ れた。Silent MRAとFSE-MRIの3D融合画像では、クリップ後の ネック形態がレスト・ネックを含めて、周囲脳実質とともに3D 画像に描出された。未破裂右中大脳動脈瘤で、母血管狭窄リスク のため意図的に不完全クリッピングを実施した症例では、silent MRAとFSE-MRIの3D融合画像により、クリッピング終了後の術 中写真に相応するレスト・ネックと母血管の形態が描出され、ク リップ後の画像評価が可能であった(図2)。

ネック・レムナントとドームおよびレスト・ネックのサイズとボ リュームの計測:TOF-MRAでは、金属アーチファクトにより、 ネックとドームの描出が不完全なため、いずれの症例においても 計測することができなかった。一方、silent MRAではネック・レ ムナントが、FSE-MRIではドームのサイズとボリュームの計測が 可能であった(図2)。コイル治療例ではネック・レムナントは12例



図2. 症例28:60代、女性、未破裂右中大脳動脈動脈瘤(2.5×3.1×3.3mm);Sugita titanium clip#21でネック・クリッピングを行うも、母血管狭窄リスクのため意図的に 不完全クリッピングを実施。A:FSE-MRI最小値投影(MinIP)画像の軸状断;ネック部と 母血管がクリップとともに描出されている。サークル内矢印(Encircled arrow)は以下 の画像の観察視点を示す。B:TOF-MRA最大値投影(MIP)画像の軸状断;クリップの磁 化率アーチファクトの影響でネック部が描出不良である。C:Silent MRA MIP画像の 軸状断;磁化率アーチファクトの影響が最小で、ネック部が良好に描出されている。D: 手術写真-1:クリッピング前の動脈瘤。E:3D TOF-MRA画像(赤色);瘤ネック部と母血 管の形態描出が不完全である。F:3D silent MRA(緑色); 瘤ネックの形態が、クリップ による磁化率アーチファクトの影響なく、明瞭に描出されている。G:手術写真-2:ネッ ク・クリッピング後、意図的不完全クリッピングのため、レスト・ネックが認められる。 H:TOF-MRAとFSE-MRIの3D融合画像;ネック部と母血管の形態描出が不完全であ る。I:Silent MRAとFSE-MRIの3D融合画像;クリッピング手術後、ネック部と母血管 が、クリップと周囲脳実質とともに描出されている。クリップの先端部分にレスト・ネッ クが認められ、クリッピング終了後の術中写真-2(G)に相応するレスト・ネックと母血管 の形態が描出されている。Rest-neck:レスト・ネック、M1:中大脳動脈first segment、 M2:中大脳動脈second segment。

中10例に認められ、ドームに対するネック・レムナントの残存ボ リュームの割合は2.3-36.7%であった。完全閉塞2例、ネック・レ ムナントあり経過観察8例、再治療2例の結果であった。一方、ク リップ治療例では、19例中15例で完全閉塞が得られたが、4例で レスト・ネックが認められ経過観察とした。

考察

脳動脈瘤治療後の瘤形態の画像評価は、これまで、X-ray digital subtraction angiography(DSA)が参照標準とされて来たが、侵襲的であり、カテーテル手技に関連したトラブル、ヨード造影剤の副作用、電離放射線による被爆などのリスクを伴う。そのため、DSAに代わって、3D time-of-flight(TOF)シーケンスによる単純もしくは造影MRAが、非侵襲的検査として広く実施されている。

TOF-MRAの問題点:TOF-MRAでは、管腔内を通過する血液プロトンの流入効果、すなわち最大心収縮期の血流流速によるフロー ・ボイドをMR信号強度として検出することで、血管と周囲構造物 とのコントラストが得られ、血管画像として表示される³⁻⁵⁾。しか し、血管内腔の幾何学的形態は、DSAやCTAで得られる造影剤充 盈による真の内腔形態とは相違が認められる。また、TOF-MRAで は、遅い流れではスピン飽和に影響され、複雑な流れ・乱流では信 号強度の消失が起こる場合がある。さらに、コイルやクリップ近 傍では金属による磁化率アーチファクトやRF遮断効果の影響が 発生する。したがって、TOF-MRAでは、造影剤の使用の有無にか かわらず、コイルやクリップ後のネックや母血管の形態を詳細に 描出することは困難にならざるを得ない。

Silent MRAの利点:Silent MRAは、非造影のMRAのため、ガドリ ニウム使用による腎臓や脳組織への蓄積など、短期的・長期的副 作用は皆無である。また、MR撮像中の環境騒音は3dB以下(TOF-MRAでは100dB超)であり、ほぼ無音でMRA検査が実施できる。 Silent MRAで使用される'Silenz'の撮像シーケンスでは、エコー 時間がほぼ零秒のultrashort TE(0.016ms)とarterial spinlabeling(ASL)taggingが使用される^{2.5)}。Silent MRAでは、頸部・ 総頚動脈高位でlong RF inversion pulseを照射し、励起された 血液スピンが内因性トレーサーとして頭頂部に到達するまで、 3D radial scanにより全脳の範囲で広くデータが収集される。励 起後のデータから励起前のコントロール・データをサブトラクト することで、動脈内腔を流れる血液の情報がT1強調画像として可 視化される。Silent MRAでは、頭蓋底骨構造や静脈構造は描出さ れず、コイルやクリップなど金属近傍のネックや母血管での磁性 体アーチファクトは最小限となる。

FSE-MRIの利点:本研究では、脳動脈瘤の外壁形態の描出には、古 典的なFSE-MRIを使用した。T2 high-resolution MRI(FIESTA、 CISS、BFFE)では、CSFが高信号強度で、脳動脈瘤、脳血管、脳実質 ・脳神経は一様に低信号強度で描出されるため、脳動脈瘤・脳血 管と脳実質・脳神経との境界は判別困難となる。これに対して、 FSE-MRIでは、広いバンド幅と比較的短時間のTR/TE(本研究では 1900/100ms)を使用することで、CSFは高信号強度で描出され、 脳動脈瘤や脳血管は高度低信号強度で、脳実質・脳神経は中等度 低信号強度で描出される³⁻⁵⁾。その結果、脳動脈瘤や脳血管は周囲 脳実質や脳神経と信号強度で区別され、脳動脈瘤と瘤周囲構造物 との境界が判別可能となる。これにより、コイル後のドームやク リップ後のネックと脳実質や脳神経との解剖学的位置関係の把 握が容易となる。

Silent MRAとFSE-MRIの3D融合画像の課題と展望:Silent MRA とFSE-MRIの3D融合画像を使用した本研究では、症例数が少な く、各種ステントやダイバータを使用したコイル治療や複数のク リップを使用した症例など、複雑な症例での検討が必要と思われ た⁵⁾。また、silent MRAでは、ultrashort TEを使用することにより、 金属による磁化率アーチファクトの影響を受け難い。しかし、プラ チナ合金製のコイルやコバルトクロムを主成分とした当時の杉田 クリップなどの強度磁性体材料では、磁化率やRF遮断効果の影響 によるアーチファクトが発生する点、留意が必要である。

Silent MRAでは、ネック・レムナントのサイズとボリューム が、FSE-MRIでは、塞栓後ドームのサイズとボリュームが数値で 計測される。これにより、コイル治療においては、治療成績の数 値評価が可能となる。また、コイル後増大例では、ネック・レムナ ントとドームのサイズとボリュームを同時に描出・計測すること で、ネック・レムナントの拡大とドームの増大とを鑑別して画像 評価することができる。そのため、コイル後の経過観察で、再治療 の必要性の有無につき有用な画像情報となる。さらに、クリップ 後では、レスト・ネックの有無、そのサイズとボリュームが計測さ れるため、コイル後の経過観察に有用となる。

結論

Silent MRAとFSE-MRIの3D融合画像を作成し、コイルとク リップ後のネックと母血管およびドームを画像評価した。3D融 合画像では、コイリング後のネック・レムナントが、母血管、塞栓 後ドーム、周囲脳実質とともに詳細に描出された。また、クリップ 後では、レスト・ネックが母血管、クリップ、周囲脳実質とともに 良好に描出された。3D融合画像では、治療後ネックとドームの形 態が明瞭に描出され、サイズとボリュームが計測されるため、コ イルおよびクリップ後の経過観察、さらには、再発例での治療を 考慮する上で、有用な評価手段になると考えられた。

謝辞: MR検査を担当して戴いた、医療法人社団涼風会 佐藤脳神経 外科 診療放射線技師: 佐々木 賜、臨床検査技師: 村上 佳奈のみなさ まに感謝致します。

参考文献

- 1) Neurosurgery 62:103-106, 2015.
- 2) AJNR Am J Neuroradiol 36:967-70, 2015.
- 3) AJNR Am J Neuroradiol 26:2010-2018, 2005.
- 4) Neurosurgery 60:104-114, 2007.
- 5) AJNR Am J Neuroradiol 40:802-807, 2019.