X線CT画像におけるメタルアーチファクト低減手法

CT Image Reconstruction Algorithm to Reduce Metal Artifact

学 加納 徹 (信州大) 正 小関 道彦 (信州大) 正 森川 裕久 (信州大)

Toru KANO, Michihiko KOSEKI, Hirohisa MORIKAWA Shinshu University, 3-15-1, Tokida, Ueda, Nagano, JAPAN *Keywords*: X-ray CT, Nondestractive Inspection, Image Processing, Metal Artifact.

1 はじめに

X線CT装置は,被写体に周囲方向からX線を照射し,その 投影データから物体の断層画像を再構成する装置であり,医療・ 産業分野で急速に普及し,診断・検査等に活用されている.非 破壊で物体の断層画像が得られる優れた技術であるが,被写体 に金属等が含まれている場合,その部分から放射状のノイズが 発生することがある.この放射状のノイズはメタルアーチファ クトと呼ばれ,X線CT画像の精度における大きな問題となっ ている.

本研究では,ソフトウェア的手法によるメタルアーチファクト低減手法を開発し,従来よりも優れた診断・検査技術を確立 することを目的としている.

2 メタルアーチファクト発生要因

各元素の X 線吸収係数は, エネルギー Eの関数 $\mu(E)$ として実験的に求められている.更に, 透過する X 線の強度 I は, 金属の厚みを t, 入射 X 線の強度を I_0 とすると, 次のように表される

$$I(E) = I_0(E) \times \exp(-\mu(E) \times t) \tag{1}$$

また,X線の減弱を示す吸光度Aは

$$A = \ln \frac{I(E)}{I_0(E)} = -\mu(E) \times t \tag{2}$$

と表され,X線のエネルギーが単一であるならば,物質の厚みに対して線形の値をとることがわかる.X線CTではこの線形性を持つ吸光度を用いて,断層画像の計算を行っている.ところが,一般にX線CTに使われるX線は,連続エネルギー分布を持つ連続X線であり,X線吸収係数 $\mu(E)$ は,照射X線のエネルギーが高くなるにつれて非線形に減少する.したがって,使用するX線管の管電圧をPとすると,透過X線の強度Iは次のようになる.

$$I(E) = \int_0^P I_0(E) \times \exp(-\mu(E) \times t) dE$$
(3)

本来ならば,この計算式から吸光度を求めるべきであるが,技 術的な問題から,現状のX線CT装置ではエネルギー別のX 線強度を取得するのは困難である.そこで,多くのX線CT装 置では,連続X線を単一エネルギーのみを持つ単色X線であ ると仮定して,計算を行っている.この理由は,被写体が人体 や樹脂であれば,連続X線による吸光度の非線形性は微小であ り,線形と近似しても問題が無いためである.しかし,吸光度 のエネルギーに対する非線形性は,金属において顕著に現れる. このため,被写体に金属が含まれるとき,物質厚みに対する吸 光度の非線形性が顕著となり,投影データに矛盾が生じる.こ の矛盾が,メタルアーチファクトの原因となる.

3 シミュレーションソフトウェア

コンピュータ上で X 線の透過と吸収を模擬し,画像再構成処 理を再現するシミュレーションソフトウェアを作成した(Fig.1). このソフトウェアを用いて,樹脂の中に金属柱が埋め込まれた 実験用サンプル(Fig.2)の仮想的な断層画像を作成し(Fig.1: 左),この断層画像に対して連続 X 線を照射した際のシノグラ





Fig.1 Simulation Software

Fig.2 Sample



Fig.3 Actual Result

Fig.4 Simulation Result

ム(Fig.1:右)を計算した.ここでシノグラムとは,被写体を 360度各方向から撮影した投影データを縦に並べた画像を指す.

Fig.2 に示した実験用サンプルを実際の X 線 CT 装置で撮影 した断層画像が Fig.3 であり,シミュレーションソフトウェア で作成した断層画像が Fig.4 である.両者は定性的に良く似て おり,開発したシミュレーションソフトウェアがメタルアーチ ファクトを再現できていることがわかる.

次に,このシミュレーションソフトウェアに考案したアルゴ リズムを適用していき,メタルアーチファクト低減の可能性に ついて検討していく.

4 メタルアーチファクト低減アルゴリズム

先に述べたとおり,メタルアーチファクトが発生する要因は 吸光度の非線形性にある.一方,被写体を回転させながら投影 データを取得することから,ある物体領域のシノグラムは必ず, 周波数が一定のサインカーブを描く性質を持つ.そこで,この シノグラムの性質に着目し,投影データが合成されて非線形性 が顕著になる前のサインカーブに分離することを考えた.

サインカーブを抽出し,シノグラムを再計算するアルゴリズ ムを Fig.5 に示す.シノグラム上に存在しうる,異なる振幅と 位相差を持つあらゆるサインカープを仮定し,曲線上のX線透 過強度を比較していくことで,金属が描いている可能性が高い サインカープを抽出していく.そして,振幅に依存する重み関 数を利用することで,新しいシノグラムを計算していく.重み



Fig.5 Sine Extraction Algorithm



(a)Raw Sinogram (b)Recalculation (c)Completion Fig.6 Result of Applying the Algorithm

関数を利用する理由は,サインカーブは振幅が小さいほど多く 抽出されやすく,振幅が大きいほど抽出されにくい傾向がある ためである.また,今回金属領域以外の部分に対しては,金属 領域のサインカーブを抽出した後,周辺の透過強度の情報から 線形補完を行う.

5 アルゴリズム適用結果

5.1 シミュレーションデータへの適用

Fig.6(a) のシノグラムの金属領域部に対し,本アルゴリズムを 適用した結果,17802 本のサインカーブが抽出された.抽出され たサインカーブを再計算して作成したシノグラムをFig.6(b) に, 金属領域以外の部分を補完して合成したシノグラムをFig.6(c) に示す.Fig.6(b) を再構成した画像がFig.7 であり,Fig.6(c) を再構成した画像がFig.8 である.Fig.8 では若干のアーチファ クトが見られるが,Fig.4 に示した通常の再構成画像と比べて メタルアーチファクトの少ない,鮮明な画像となっている.

5.2 実際に撮影したデータへの適用

CT 装置で実際に実験用サンプルを撮影し,それら投影デー タに対して本アルゴリズムを適用した結果を Fig.9 に示す.い ずれの実験用サンプルも,通常の画像再構成では金属柱部分か らメタルアーチファクトが発生しているが,本アルゴリズムを





Fig.7 Metal Extraction

Fig.8 Synthetic Result



(a)Samples (b)Raw Image (c)Fixed Image Fig.9 Result of Applying to the Actual Data

適用することでシミュレーション結果と同様に,メタルアーチ ファクトを低減することができた.

6 まとめ

通常のシノグラムでは,金属領域が描くサインカーブが重な る部分において,吸光度が非線形に減少する.シノグラムから, 重ね合わさる前のサインカープを抽出し再計算することで,物 質厚みに対する吸光度が線形となるシノグラムを再現できた. このシノグラムからは,メタルアーチファクト発生要因が除去 されているため,Fig.7のようにメタルアーチファクトの一切発 生しない再構成画像が得られる.Fig.8に見られる若干のアーチ ファクトは,画像処理的なサインカープ抽出の不正確さと,金 属領域以外の部分の補完法が不十分であることが考えられる.

また,今回はメタルアーチファクトが減少するように,マニュ アルでサインカーブ抽出の精度(ERROR,BOUND)を調整す る必要があった.特に十字型のような凹部を持つ形状では,パ ラメータの微調整が必要であった.実際の診断や検査に適用す るためには,メタルアーチファクトが発生していると決定する 数値的な判断基準および,サインカープ抽出パラメータの自動 決定法が必要である.

7 今後の予定

本手法を,複雑な断層を持つ未知物体にも適用可能にするために,抽出精度を示すパラメータ決定法,サインカープ抽出法の開発を行っていく.

また,医療や産業で撮影された断層画像は,再構成画像のみ を保存してシノグラムを保存していないことが多い.そこで, メタルアーチファクトが発生している断層画像からシノグラム を変換し,メタルアーチファクトを低減した断層画像に生成す る一連のアルゴリズムについても検証していく.