低線量 X 線撮像システムに よる心の高速 CT 像につい て Electrocardiogram gated cardiac images of computerized axial tomography employing lowdosage X-ray imaging system

増田	善昭	Yoshiaki	MASUDA
村木	登	Noboru	MURAKI
山崎	茂	Shigeru	YAMAZAKI
渡辺	滋	Shigeru	WATANABE
稻垣	義明	Yoshiaki	INAGAKI
内山	暁*	Gyo	UCHIYAMA*
大野	博*	Hiroshi	OHNO*
有水	昇*	Noboru	ARIMIZU*
渡辺	英二**	Eiji	WATANABE**

#### Summary

Cardiac and vascular images of computerized axial tomography (CT) with or without synchronization with electrocardiogram (Ecg) trigger were obtained in normal health and diseases by "JEOL dynamic scanner (Nihon Densi, Co., Japan)", which has been recently developed as a low dosage high speed X-ray microbeam generator.

The cardiac CT, not synchronized with Ecg, was scanned within 10–20 sec. Its images might be utilized for the determination of the contour and dimension of the cardiovascular system. The images of CT at the level of the 2nd to the 5th intercostal space of a case with aortic sclerosis was shown in Fig. 4. The calcification of the ascending aortic wall and aortic dilatation were clearly seen at the 2nd and 3rd intercostal spaces (ICS) (Fig. 4, right and left upper panels). The gated cardiac images of CT in end-diastolic and end-systolic phases were obtained by the Ecg trigger method, and the time required for one scanning X-ray image was 6–10 min. These cardiac images were useful for the analysis of cardiac movement. For instance, both the cardiac images of CT and the trace of the borderline in a case of myocardial infarction were shown in Fig. 7 and 8, in which paradoxical movement of the anterior

千葉大学医学部 第三内科	The Third Department of Internal Medicine, and the
*同 放射線科	*Department of Radiology, Chiba University School
千葉市亥鼻 1-8-1 (〒280)	of Medicine, Inohana 1-8-1, Chiba 280
**日本電子(株)	**Japan Electron Optics Laboratory, Nakagamicho
昭島市中神町 1418 (〒196)	1418, Akishima 196
Presented at the 14th Meeting of the Japanese Society of (	Cardiovascular Sound held in Tokyo, April 3, 1977

Presented at the 14th Meeting of the Japanese Society of Cardiovascular Sound held in Tokyo, April 3, 1977 Received for publication June 23, 1977 増田, 村木, 山崎, ほか

wall and hypokinesis of the left lateral wall were seen.

#### Key words

Computerized tomography Cardiac dimension Cardiac movement Paradoxical cardiac movement Aortic wall calcification

### はじめに

X線診断分野において,最近著しい発展を示し ているものに computerized axial tomography (CT) がある.しかし,現在の CT は完全なもの でなく,多くの改良すべき点を残している.その うちで最も大きな問題は,撮影時間と X 線被曝 量であり,これらの制約によってこれまで本法を 動的なもの,たとえば,心運動の分析に応用する ことは困難とされていた. 最近開発された低線量 X 線 撮 影 システム, JEOL dynamic scanner (日本電子製) は flying spot を使用し, 従来の方法に比べ, はるかに低 線量の X 線で, かつ, 10~20 秒の短時間で CT 像をうることができるため, 心電図と同期するこ とにより, 種々の時相での 心断層が可能である. 今回, 我々は本装置を使用し, 正常ならびに病的 状態の心血管系についての, 高速低線量 CT を 施行したので, その結果を報告する.





Fig. 1. Principle of scanning X-ray imaging.



Fig. 2. Method of the computerized tomography.

A: generation of the X-ray microbeam, B: electric scanning by the X-ray microbeam, C: rotation of the X-ray generator and detector.

# 方 法

JEOL dynamic scanner は全身用の CT 装置 であり、**Fig.1**のごとく、電子銃より発射された 電子ビームを電磁レンズにより  $0.4 \times 0.4$  mm の 細さにしぼってターゲットに当て、細い高輝度の 低線量 X 線撮像システムによる心の高速 CT 像

X 線ビームを取り出すものである (Fig. 2-A). このさい,電子ビームを電子走査コイルによって, ターゲット面を移動させることにより (flying spot), きわめて短時間に X 線ビームによる人体 走査を行うことができる (Fig. 2-B). CT 撮影に さいしては, 観察台を中心に対称的な位置に取り つけられたX線発生機と、NaIX線検出器を連続 的に230度回転させながら、flying spot 法によ り高速 X 線走査を行い (Fig. 2-C), X 線検出器 にて測定した種々の方向の X 線透過量をコンピ ューター処理し、人体の横断像をうるもので、ス ライスの厚さは、対象にもよるが最大 8 mm で ある. また, スキャン幅は 頭部用 26 cm から全 身用 43 cm まで, 3 段階に切り 変えることがで きる. Picture element の大きさは、26 cm スキ ャン幅で 1.6×1.6 mm, 43 cm スキャン幅で 2.7 ×2.7 cm, サンプリング回数は256×230, ディス プレイ・マトリックスは 160×160 である.

本装置は電気的に高速スキャンを行うことがで きるので,静止した対象物については,1断面 10~20秒で撮影が可能であり,従来のCT装置



Fig. 4. Cross-section of the extracted pig heart at the same level of Fig. 3-A.



#### Fig. 3. CT images of a extracted pig heart.

A: cross-sectional image of the right and left ventricles in the air, B: cross-sectional image of the right atrium and ventricle and left ventricle in the air, C: cross-sectional image of the heart in saline at the same level of A, D: cross-sectional image of the heart in X-ray contrast liquid solution at the same level of A.

に比べ, 照射 X 線ビームの細いこと, 短時間で 撮影が済むことより, 1回のスキャンニングに皮 膚面の受ける被曝量は, ほぼ 30 m rad にすぎず, これは EMI scan の 1/100 程度の被曝量である.

心臓の CT に当たっては、心電図および呼吸 と同期を行った. すなわち、1心拍ごとに1度ず っX線発生機を移動し、230度の観測角について、 心電図 R 波より定められた任意の時間的位置で、 50 m sec の間、電気的高速 X 線走査を行った. したがって、このような方法で、1 断面の CT に 要する心拍は230 心拍であり、かつ、深吸気にて 呼吸を停止した時にのみ、スキャンを行ったので、 実際に CT を撮影する時間は,一断面当たり 6~ 10 分を要した.なお, CT 像の心時相として,今 回は拡張末期および収縮末期を選び,両時相にお ける心運動の比較を行った.

CT 像の表示は水を0とし、空気を -500, 骨 を +500とするスケールを採用しているが、任意 に設定できる window level と、9 段階に切り変 えることのできる window 幅によって、必要な X 線吸収度域を選ぶことが可能である. 像表現方法 は、白黒またはカラー 16 段階 であり、ディスプ レイ装置として、12 秒静止像 CTR、または 20 秒カラー CTR を使っている. データ保存は、個



Fig. 5. Cardiac images of CT in a case of aortic sclerosis with artificial right ventricular pacing (F. T., 65-year-old male).

A: 2nd ics, B: 3rd ics, C: 4th ics, D: 5th ics. Aortic dilatation and aortic wall calcification are seen in the panel A and B. Pacing electrode seems to be within the right posterior border.

人別にフロッピーディスクに記録し、必要画像は 数分以内に取り出すことができる.

結 果

## 1. 摘出心について

ブタ摘出心について, 左室中央部の断面が切れ る位置での CT 像をみると Fig. 3 のごとくで あり, これは摘出心をそれぞれ空気中 (Fig. 3-A, B), 生理的食塩水中 (Fig. 3-C), 造影剤希釈液 中 (アンギオコンレイ 0.01% 液; Fig. 3-D) に おき, ほぼ同一断面を記録したものである. C, D における心内腔の表示はまだ不明瞭であるが, 今後の技術的改良により, 心筋壁と血液の区別が 可能で あることを 思わせる 所見である. Fig. 4 は CT 撮影後,摘出心のほぼ同一断面を輪切り にして示したもので, CT 像とよく一致している.

# 2. 心電図同期によらない心血管像 CT について

心電図と同期しない心血管 CT 像は 10~20 秒 で撮影可能であり、心臓の大きさ、形、大血管の 走向、太さ、石灰化が容易に 判定できた.また、 肺内の血管像は window level を負方向に設定 することにより、かなり末梢までの血管の判読が 可能であった.しかし、心内の構造、たとえば、 心筋、弁、血液などの区別は不十分であり、CT 像全体が心運動による影響のため辺縁部がぼける 印象を与えた.

増田, 村木, 山崎, ほか

Fig. 5 は 65 歳の動脈硬化による大動脈拡張を 示し、完全房室ブロックのため経静脈法による右 室 pacing を行った患者の第2,3,4,5 肋間の それぞれの心電図非同期胸部 CT 像を示す.こ れら CT 像は仰臥位として足のほうから頭のほ うを見た像として示され、左隅に window level (WL)と window 幅 (WW)が、右側に16段階 の濃淡差でCT ナンバーが表示されており、今後、 各部位の X 線吸収度の定量的診断にも利用可能 と思われる.Fig.5-A 第2 肋間の CT 像は、大 動脈弓やや下部の断面を撮影していると思われ、 上行大動脈から下行大動脈への移行が明らかであ る.また、上行大動脈には壁の石灰化と思われる 像があり、大動脈径は約 4.5 cm と大きい. Fig. 5-B 第3肋間 CT 像でも壁石灰化を示す 上行大動脈像が明瞭に認められ,その右後に上大 静脈が,左方に肺動脈幹が,左後方に気管がみら れ,さらにその後方で椎骨の左側に下行大動脈が 認められる.左下,右下の第4,第5肋間の CT 像では,心内構造物の同定は不可能であり,第4 肋間 CT 像で中央の X 線吸収度の強い石灰化像 と思われる点が,上方の大動脈石灰化像の続きと 考えられ,この部に大動脈基部があることを推定 させるだけである.また,椎骨の左側には下行大 動脈が明瞭に認められる.Pacing 用カテーテル は明瞭さを欠くが,心陰影内の右下の X 線吸収 度のやや強い点と思われる.



Fig. 6. Cardiac images in a young normal (S. M., 27-year-old male). A: 4th ics, end-diastole, B: 4th ics, end-systole, C: 5th ics, end-diastole, D: 5th ics, end-systole.

ついての,第4,第5肋間における拡張末期およ び収縮末期の CT 像を示す.心の輪郭は明瞭で あるが,心内構造物の区別は不可能である.心辺 縁運動は,拡張末期と収縮末期の CT 像をトレ ースすることにより,容易に分析される.

Fig.7は同一例のトレース像を示したものであ るが、実線が拡張末期、点線が収縮末期の心横断 像を示している.心運動は良好であり、第4肋間 では、左右方向の運動、第5肋間では前後方向の 運動、とくに左後方から前方への収縮が著明であ り、胸骨後方の心前縁の動きは不良であった.こ の所見は、他の2例の正常例についても同様であ り、心基部に近い部分と心尖部に近い部分で、心 臓の運動様式が異なっていることを思わせる所見 である.

4 例の心筋梗塞中,陳旧性前壁心筋梗塞の1 例

Ô

10

L

L

5 cm

4th ics

5th ics

R

R



### 3. 心電図同期による CT 像

病的心の対象として心筋梗塞4例を選び,正常 者3例と比較を行った. Fig. 6 は正常者1例に をのぞいた3例は心運動が正常例に比し不良であ り,心電図上心筋梗塞部位と思われる部分の運動 減少がとくに目立った. Fig.8 は広範な前壁梗塞 の1例の第4,第5肋間の拡張末期および収縮末 期の CT 像であり, Fig. 9 の輪郭像にみるごと く,第4肋間ではほとんど運動がなく,第5肋間 でも後壁の動きに比べ,前壁および側壁の一部は ほとんど動きがみられず,この部の心臟瘤を思わ せる所見であった.

#### 考 案

本装置により,従来行うことのできなかった心



Fig. 9. Tracings of the cardiac border in Fig. 8. Solid line shows end-diastole and dotted line shows end-systole.

- 595 -

増田, 村木, 山崎, ほか

血管系の時相別横断像を容易に得ることができる ようになり,臨床診断面での応用範囲が拡げられ た.心電図非同期心 CT 像は1断面約 10~20 秒 で得られ,心臓の大きさ,形,大血管の走向,太さ, 石灰化の判定に有用であり,従来の一般胸部 X 線 では,診断が困難である動脈壁の小石灰化像の診 断も可能であると思われる.また,window レベ ルと,window 幅を変えることにより,同一 CT 像から様々の情報を引き出すことができ,肺うっ 血などの診断,各部位の X 線吸収度の定量的診 断にも利用できる.

心電図と同期すれば,各心時相における CT 像を記録でき,その応用範囲は,さらに拡大する. 残念ながら,現段階では心筋と血液を区別するこ とができないので,今回は心辺縁運動の分析に主 として用いたが,正常例では横断部位により心辺 縁運動に差があり,一般に,心基部近くで,左右 運動,心尖部近くで前後運動,とくに後方から前 方への動きが著明であった. 例数が少ないため, 今後の検討を待たなければならないが,今後,心 室造影法,超音波断層法などと比較することによ り,心運動分析の新しい手技として確立するもの と期待できる.

心筋梗塞例では、心辺縁運動が正常例に比較し て減少しており、かつ、心電図より推定される梗 塞部位と一致して、部分的に運動減少または消失 がみられ、心臓瘤、心運動障害の診断に有益であ ると思われた.



Fig. 8. Cardiac images in a case of anterior infarction (72-year-old male). A: 4th ics, end-diastole, B: 4th ics, end-systole, C: 5th ics, end-diastole, D: 5th ics, end-systole.

なお,心内構造物の同定の問題に関しては,摘 出心では心筋壁と心内腔の分離が可能であるので, 今後の技術的改良により,心内構造物の区別が可 能となることが期待される.また,造影剤使用に より心筋壁と心内腔の分離は可能と思われるので, 今後臨床例について,造影剤の使用を検討して行 きたい.

### まとめ

最近開発された JEDL dynamic scanner (日本 電子製) を使用し、心、血管系の computerized axial tomography を行った.本装置は flying spot を利用し、X 線ビーム走査を行うことが特 徴であり、短時間、低線量で CT 像を得ること ができる.

心電図非同期 CT 像は, 10~20 秒で撮影でき, 心や大血管の形,大きさ,走行の 判定に役立つ. 低線量 X 線撮像システムによる心の高速 CT 像

また,通常の X 線写真では判別できなかった大動脈壁石灰化の診断も可能であった. 心電図同期 CT は,深吸気位の拡張末期および収縮末期で行ったが,1断面を撮影するに要する時間は 6~10 分であった.

正常者 3 名, 心筋梗塞 4 名の CT 像を比較す ると, 心辺縁の動きは正常者で大きく, 心筋梗塞 で小さかった. また梗塞部位にほぼ一致して, と くに動きの悪い部分がみられた. CT 像による心 筋と血液の分離は, 臨床的には不可能であったが, 摘出心では可能であった.

# 文 献

- Tateno Y, Tanaka N: Low-dosage X-ray imaging system employing flying spot X-ray microbeam (dynamic scanner). Radiology 121: 189–195, 1976
- 2) 吉村克俊: コンピュータ断層装置とその周辺. 日本 臨床 34: 698-707, 1976