

# ペースメーカで記録される 心内心電図の解釈方法

国立病院機構九州医療センター循環器内科 中村俊博

## I. はじめに

ペースメーカや植込み型除細動器(ICD)などのデバイス治療は、現在の不整脈診療において非常に重要な治療分野の一つであり、多くの施設でデバイス植込み術が行われ、沢山の患者がその管理下にある。一方、植込みデバイスに関連するテクノロジーの進歩は目覚ましく、その内容を網羅的に理解・把握することが困難になりつつあるのが現状である。デバイス内部にはイベント発生時の心内心電図が記録されるが、その解釈に難渋することは少なくない。しかし、正確な解釈が可能になれば、患者の適切な治療・管理やデバイス関連のトラブル対策に役に立つ。

今回の「これだけは知っておきたい!」シリーズでは、デバイスの内部メモリに記録される心内心電図の解釈について、その一部を解説する.

## Ⅱ、デバイスで記録される心内心電図の基本事項

デバイスに記録される心内心電図(EGM)を解釈するためには、基本事項あるいは用語の定義を把握しておくことが大切である。このため、以下にペースメーカ(主に DDD モード)に関連する基本的な事項を記載しておく、なお、紙面の都合上、ICD に関連する事項は割愛する。

デバイス内の EGMをプログラマのディスプレイあるいは紙面に表記させると、心房心内心電図(心房双曲電極による心内心房電位)と心室心内心電図(心室双極電極による心内心室電位)、イベントマーカチャネル、心房電位間インターバル、心室電位間インターバルなどが確認できる。もちろん、EGMに加えて体表面心電図も同時に表記させることができる。通常は体表面心電図上にイベントマーカチャネルを重ね合わせ、イベントマーカに対応する心内心電図と対比させることでペースメーカの作動状況を把握できるようになっている(図 1)。

EGM を判読する際には、イベントマーカの表記記号を確認することが重要である(表).

# Ⅲ. 不応期とブランキングピリオド

デマンド型ペースメーカ(特にデュアルチャンバーペーシングシステム)が正常に作動するためには、感知(センシング)機能が非常に重要になる. しかし、すべての心内イベントの感知や不適切な感知 (oversensingや far-field sensing など)が起こると、不適切作動を起こすことになる. これを避けるために、ペースメーカには不応期やブランキングピリオドが設けてある.

ペースメーカの不応期とは電気生理学的用語の不応期とは異なり、イベント(自己心拍のセンシング

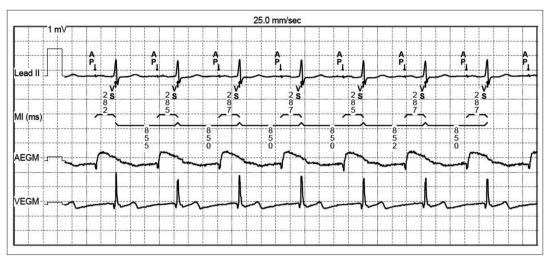


図1 デバイス EGM の例

上段から、体表面心電図(Lead II)とイベントマーカ(AP, VS)、測定インターバル(AP-VS間隔, VS-VS間隔)、心房心内心電図(AEGM)、心室心内心電図(VEGM)を示している。

表	イベントマーカの表記記号
表	イベントマーカの表記記号

AP	心房ペーシング	VP	心室ペーシング
AS	心房センシング	VS	心室センシング
AR	心房不応期内センシング	VR	心室不応期内センシング

上記以外にも多数のイベントマーカ記号があるが、各デバイス取扱説 明書に詳細が記載されている。

あるいはペーシング)後に自己心拍を感知しない(あるいは感知しても抑制を行わない)一定の短い期間をいう.これにより,正常でない電気的活動(ペーシングパルス,ペーシング後の後電位,far-fieldのR波,T波,ノイズなど)による誤ったインターバルリセットや同期ペーシングを防ぐ.一方で現在のペースメーカは不応期内センシングが行われるので,診断機能としての頻拍検出を可能にしている.

デュアルチャンバーペーシングシステムでは、心房の不応期は二つの要素で構成されている。一つは AV 間隔(心房センシングー心室ペーシング、心房ペーシングー心室ペーシング間隔)、もう一つは心室後心房不応期(PVARP:心室イベント後の心房不応期)であり、この両者を合わせて全心房不応期あるいは総心房不応期という。一方、心室不応期は心室ペーシング、センシングイベントおよび不応期内のセンシングイベント(心室期外収縮など)後に出現する。心室不応期により T 波などの不必要なセンシングで起こる不適切な作動を防ぐことができる。

ブランキングピリオドは休止期とも呼ばれ、ペースメーカが電気的活動を感知できない期間のことをいう。ブランキングピリオドは心房、心室のそれぞれにおいてペーシングイベント、センシングイベントの後に発生する。これによりペーシングパルスやペーシング後の後電位、同一イベントのオーバーセンシングを防ぐことができる。またクロスチャンバーブランキングピリオドというものもある。ペーシング部位とは別のチャンバー(心房の場合は心室、心室の場合は心房)にペーシング後のブランキングピ

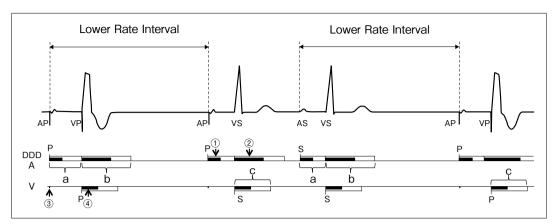


図2 デバイスに設定されている不応期とブランキングピリオド

上段は、DDDモードで作動しているペースメーカの体表面心電図とイベントマーカである。中段と下段の白バーは不応期、黒バーはブランキングピリオドを意味している。心房不応期は AV 間隔と心室後心房不応期 (PVARP) からなり、その両者を合わせて全心房不応期 (a+b) という。心室不応期は心室イベント後に出現し、cで示した期間である。丸囲み数字はブランキングピリオドを指しており、①、②(PVAB) は心房の、③、④は心室のブランキングピリオドを示している。

リオドを設け、crosstalk現象(後述)の防止を行っている.

図2に体表面心電図とイベントマーカ. 不応期とブランキングピリオドの関係を示す.

#### Ⅳ. デバイスで記録される注意すべき現象と心内心電図の解釈

日常臨床で利用されるペースメーカでは、ほとんどが生理的ペーシング(AAI, DDD, VDDなど)が選択される。生理的ペーシングはデマンド機能、すなわち自己心拍を優先しペーシングとの競合を防ぐ機能を有する。デマンド機能では自己心拍の感知(センシング)が重要な鍵となるが、このセンシングに関連するトラブルが様々な異常現象を引き起こすことになる。

以下に代表的なセンシングに関連した異常現象を解説する.

## 1. Far-field sensing と crosstalk

心房と心室にそれぞれペースメーカリードが留置されていると、心房リードが心室のイベントを、心室リードが心房イベントを感知することがあり、これを far-field sensingという。心房では心室ペーシングパルスや心室電位を感知することがあり、心室では心房ペーシングパルスや心房電位を感知することがありうる。これは、感知すべきでないものを感知していることになるので、oversensingの一つと考えられる。far-field sensingを生じた結果、デマンド機能によりペーシングが抑制されることで脈の不具合を生じることがある。特に心房ペーシングパルス、あるいはその後電位を心室で感知(far-field sensing)することを crosstalk (図 3) という  $^{1)}$ . この場合、心室ではペーシングの抑制がかかるため、房室ブロックが存在する場合は心室興奮の脱落が生じ、徐脈や心停止をきたすことになる。このような不具合を回避するために、心房ペーシング後には心室ブランキングピリオドが設定されている。

図 2に DDDペースメーカにおける心房と心室での不応期およびブランキングピリオドのタイミングを示しているが、心房ペーシングのタイミングで心室に数 10 msec のブランキングが設定されている (図 2の③). ブランキングピリオドでは一切感知が行われないため、心室における far- field sensing は

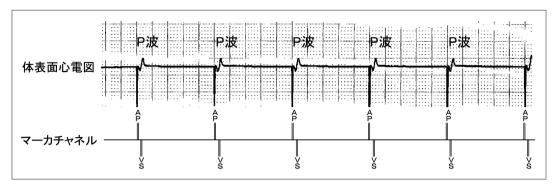


図3 Crosstalkの心電図とイベントマーカ

体表面心電図では心房スパイクに続いてP波を認めるが、それに続くべき QRS波が脱落しており、心停止状態を示している。マーカチャネルには AP-VS とあり、心室リードが心房ペーシングを感知(far-field sensing) したことを意味している。このように far-field sensing は心室ペーシングの抑制(crosstalk)を起こす原因になりうる。

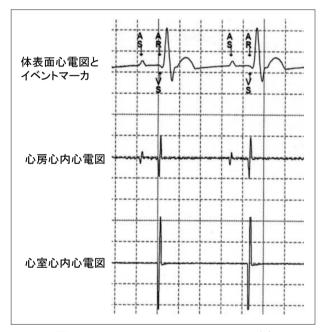


図 4 Far-field R wave sensingの例

体表面心電図は正常な P-QRS波形を示しているが、心房イベントマーカは ASと ARが表記されている。ARは心房不応期内でのセンシングを意味しているが、心室電位を心房リードが感知しているためで、この現象を far-field R wave (FFRW) sensing という.

生じることがなく、図 3のような crosstalk を防ぐことができる。同じような現象は心房でも起こる場合がある。心房リードが心室電位を感知することを far-field R wave (FFRW) sensing という。この場合、心室で生じる crosstalk のような不具合は起こさないが、図 4にあるように心房不応期内での感知となるため、ペースメーカは心房頻拍が生じたと誤認してしまうことになる。例えば、心拍数 100 の洞

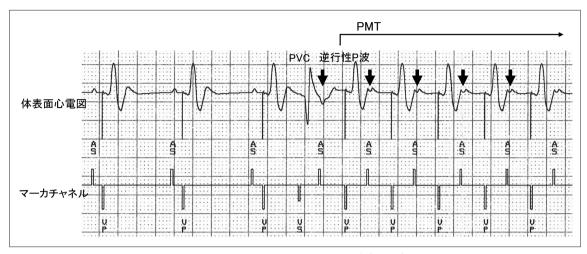


図5 ペースメーカ起因性頻拍(PMT)

PVCに続いて室房伝導による逆行性 P波(矢印)を認める.この P波に同期して心室ペーシングが入り,再び逆行性 P波が出現することで頻拍が開始している.この現象をペースメーカ起因性頻拍(pacemaker-mediated tachycardia: PMT)という.

調律であっても心房は 2 倍のイベント数になり、200 の心房頻拍と判断することによりモードスイッチが作動する可能性がある。このオーバーセンシングを防ぐため、心室イベント後に心房にもブランキングが設定されている (図 2 の②)。これを PVAB (post ventricular atrial blanking) という。 PVAB内に far-field R waveが入れば、これを感知することはなくなる。しかし、実際の FFRW sensing は PVABを越えて PVARP内で感知されることが多く、誤った心房頻拍の診断例は少なくない  $^{2}$  .

## 2. PMTとRNRVAS

PMT (pacemaker-mediated tachycardia;ペースメーカ起因性頻拍)と RNRVAS (repetitive non-reentrant ventriculoatrial synchrony; 反復性非リエントリー性室房同期)は、いずれも DDDペースメーカを挿入している患者において室房伝導が存在するときに生じる可能性のある不具合である。

PMTは別名エンドレスループ頻拍(endless loop tachycardia)ともいうが、その機序はマクロリエントリーによる頻拍である。すなわち、ペースメーカがリエントリーの機能的順行伝導路となり、刺激伝導系が逆行伝導路となる<sup>3)</sup>. 図5に PMTの心電図を示すが、心室期外収縮(PVC)により生じた室房伝導が逆行性心房興奮を形成し、その逆行性 P波を感知して心室にペーシングが生じる。このペーシングにより再び逆行性 P波が出現すると、また心室に同期ペーシングが入る。これを繰り返すことで持続する頻拍が起こる。室房伝導が存在しても、伝導時間が短い場合は逆行性心房興奮は心室後心房不応期(PVARP)に入り、心房感知は無視されるため PMT は生じない。この頻拍が出現するためには PVARPを超える長い室房伝導時間が必要であり、通常は房室結節を経由した逆行性興奮である。完全房室ブロックの場合でも室房伝導が存在することがあるため、PMT は起こりうる。PMT の治療の基本は PVARPの延長と PMT を停止させるための特別なアルゴリズムである。PVCに続く逆行性 P波から PMT を起こすことが多いため、PVC後には自動的に PVARPを延長して PMT を予防するペースメーカもある。

RNRVASという用語は非常に難解であるが、この現象の本体は PMTと同じ逆行性室房伝導にある。

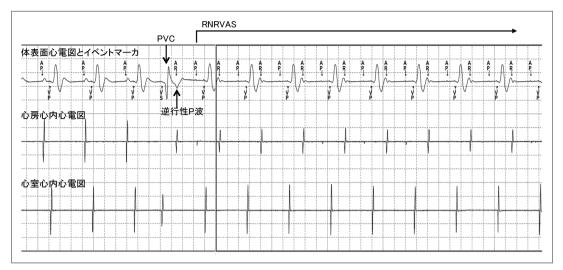


図 6 反復性非リエントリー性室房同期(RNRVAS)

PVCにより逆行性 P波が出現し、RNRVASという現象が出現している.

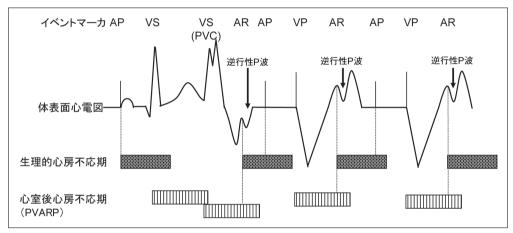


図7 RNRVASの解説

PVC後に逆行性 P波が出現しているが、PVARPによりペースメーカはこの逆行性 P波を感知しない。このため適切なインターバルで心房ペーシングが起こるが、逆行性 P波による生理的心房不応期が生じているので、無効ペーシングとなる。それに続く心室ペーシングで再度逆行性 P波が出現するが、これも PVARPに入り、続いて無効心房ペーシングが起こり、反復性リズムが生じる。

〔文献4)より引用改変〕

図6と図7にRNRVASの心電図およびその解説を示した. 図7の心電図には,心房の生理的不応期(電気生理学的な意味)とペースメーカの心室後心房不応期(PVARP)も示している. 1拍目は,ペーシングによるP波と自己QRS波を示し,正常である. 自己QRS波後にPVCが出現し,これに続く逆行性P波が見られる. 逆行性P波はPVCによって出現したPVARP内にあるため,ペースメーカは心房イベントとしてそれに反応することはない. このため,設定されたインターバルで次の心房ペーシングが起こるが. このタイミングは逆行性P波により出現した生理的心房不応期のなかにあるため. 心房は捕捉

されず、無効ペーシングとなる。これに続く心室ペーシングで逆行性 P波が再度出現し、先と同じ現象が繰り返される。これを反復性非リエントリー性室房同期リズムと呼ぶ $^{4)}$ . 同様に、房室伝導を伴わない心房期外収縮(blocked PAC)が PVARP内に出現したときや、心房ペーシング不全後の心室ペーシングに逆行性 P波が続く場合にも生じることがある。RNRVASが出現しやすい条件として、はやいペーシングレート(下限レートを高く設定している)、長い AV間隔、長い PVARPなどが上げられる $^{5)}$ . RNRVASに対する対応は一般的には PVARPを短縮することであるが、それは当然 PMTを起こしやすくすることにつながるため、個々の患者の状況に合わせたプログラムが必要になる。

#### V. おわりに

ペースメーカのセンシングに関連するトラブルは、体表面心電図を見ただけでは解釈が難しいことがほとんどであり、デバイス内心電図とイベントマーカを読み解くことが必要である。多機能デバイスに精通することは容易でないが、各メーカーや CDR の意見を参考にしながら、興味をもってデバイス心内心電図に取り組む姿勢も必要と思われる。

## 〔文 献〕

- 1) Ellenbogen KA, Wilkoff BL, Kay GN, Lau CP: Clinical Cardiac Pacing, Defibrillation and Resynchronization Therapy. ELSEVIA, 2011
- 2) de Voogt WG, van Hemel NM : Diagnostic tools for atrial tachyarrhythmias in implantable pacemakers : a review of technical options and pitfalls. Neth Heart J, 2008 ;  $16:201\sim210$
- 3) Monteil B, Ploux S, Eschalier R, Ritter P, Haissaguerre M, Koneru JN, Ellenbogen KA, Bordachar P: Pacemaker-Mediated Tachycardia: Manufacturer Specifics and Spectrum of Cases. Pacing Clin Electrophysiol, 2015; 38: 1489 ~ 1498
- 4) Moses HW, Mullin JC (藤田喜久,鎌倉史郎, 日野智子共訳): 心臓ペーシングの ABC: 知っておきたい最新の知識. 真興交易医書出版部,東京, 2009
- 5) Sharma PS, Kaszala K, Tan AY, Koneru JN, Shepard R, Ellenbogen KA, Huizar JF: Repetitive nonreentrant ventriculoatrial synchrony: An underrecognized cause of pacemaker-related arrhythmia. Heart Rhythm, 2016; 13: 1739~1747